

Modelo de Gestión para un Laboratorio de Evaluación de Desempeño de Tecnología Médica con Fines de Certificación

Beatriz Elena García Vásquez

Universidad de Antioquia
Facultad de Ingeniería, Departamento de
Bioingeniería
Medellín, Colombia
2019



Modelo de Gestión para un Laboratorio de Evaluación de Desempeño de Tecnología Médica con Fines de Certificación

Beatriz Elena García Vásquez

Informe de trabajo de investigación como requisito para optar al título de: Magíster en ingeniería

Javier Hernando García Ramos

Beatriz Elena García Vásquez Ingeniera Biomédica

Universidad de Antioquia
Facultad de Ingeniería, Departamento de Bioingeniería
Medellín, Colombia
2019

AGRADECIMIENTO

En primer lugar debo agradecer a mis padres, los cuales han sido una ficha fundamental tanto para mi desarrollo personal como académico brindándome su apoyo incondicional.

A la Universidad de Antioquia, el grupo de Investigación GIBIC y el asesor Javier García Ramos por los aportes intelectuales, locativos y de materiales para llevar a cabo el desarrollo de este trabajo de investigación.

Al médico Carlos Andrés Marulanda García y demás profesionales de la institución universitaria ITM por las asesorías y la pujanza brindada para llevar a cabo este proyecto.

A Carolina Jimenez Moreno quien se convirtió en una gran amiga y compañera de estudio, con la que compartí momentos de ansiedad y estrés, como también momentos de alegría y descanso.

En general agradezco a todas las instituciones prestadoras de servicios de salud a la empresa Calmet las América, las cuales me permitieron la manipulación de la tecnología médica para validar los protocolos

RESUMEN DEL PROYECTO

Un evento adverso es un daño ocasionado al paciente u operador que es provocado por el mal funcionamiento de la tecnología médica, el cual puede ocasionar la muerte o un deterioro serio de la salud. Según su gravedad se clasifica en leve, moderado, grave[1].

Las entidades prestadoras de servicios de salud, actualmente identifican una importante necesidad, la cual es disminuir eventos adversos ocasionados por la tecnología médica[2], procurando adquirir una total seguridad de su funcionamiento para prestar servicios con una excelente calidad.

Los fabricantes de equipos médicos a nivel nacional se enfrentan a ciertas dificultades para validar sus innovaciones debido a que se les dificulta encontrar laboratorios de evaluación de tecnología médica con protocolos de pruebas de desempeño implementados, por lo que les obliga a realizar las evaluaciones de un solo equipo en diferentes laboratorios; estos principalmente de enfoque industrial, o buscar laboratorios internacionales, lo que conlleva un incremento en el costo y retrasos para realizar las pruebas clínicas y demás requisitos para iniciar la comercialización de su producto.

En Colombia existen laboratorios de validación de tecnología médica, también empresas reconocidas por prestar servicios de interventoría y control de calidad.

A pesar de que estos laboratorios realizan validaciones de algún tipo de tecnología, no utilizan protocolos generales ni cuentan con los equipos de evaluación para avalar el desempeño de esta.

En este informe, se dan a conocer las pautas utilizadas para la realización del modelo de gestión del laboratorio de ingeniería clínica del grupo GIBIC, también se presenta la validación del protocolo implementado en el laboratorio de pruebas de desempeño en diferentes tipos de tecnología.

A nivel metodológico se realizó una comparación de modelos, legislación y protocolos existentes de desempeño de tecnología médica, se presenta el diseño de la estructura organizativa y documental del laboratorio del grupo GIBIC según su capacidad operativa dando cumplimiento a las normatividades vigentes, posteriormente se diseñaron los protocolos de desempeño necesarios para la evaluación, se validaron dichos protocolos en tecnología médica y finalmente, se procedió a diseñar el modelo de informe teniendo en cuenta la información de descripción técnica de la tecnología, pruebas realizadas, magnitudes evaluadas para dar cumplimiento a los procesos de calidad y dando cumplimiento las exigencias de los entes reguladores.

Palabras clave: Equipo biomédico, pruebas de desempeño, ingeniería clínica.

CONTENIDO

AGRADECIMIENTO2											
C	ONTEN	IIDO								5	
1.	1. PLANTEAMIENTO DEL PROBLEMA8										
2.	ОВ	JETIVOS DEI	L PROY	ECTO.						10	
	2.1.	GENERAL								10	
	2.2.	ESPECÍFICO	os							10	
3.	MA	RCO TEÓRIC	O Y AN	ITECEI	DENTES					11	
	3.1. ANTECEDENTES							11			
	3.1.	3.1.1.Modelo				de				Gestión	
	3.1.	2.Entidades							normativas		
	3.1.	3.Protocolos	; (de	desemper	0	de	tecno	ología	médica	
	3.1.	4.Pruebas		(de				desempeño		
		MARCO TEC									
		1.Regulaciór									
										13	
	3.2.	2.Laboratori	0			de				ensayo	
	3.2.	3.Acreditació	ón	de	laborato	rio	de	inge	niería	clínica	
		4.Pruebas								16 desempeño	
										18	
4.		TODOLOGÍA									
	4.1.										
	4.2. GIBIC	 Diseño de estructura organizativa y estructura documental del laboratorio del grupo IBIC 21 									
	4.3. la certi	.3. Diseño y validación de la capacidad del laboratorio del grupo GIBIC encaminando a a certificación o acreditación22									
	4.4.	4.4. Diseño del modelo de gestión para el laboratorio del grupo GIBIC							22		
4.5. Diseño y validación de los protocolos de desempeño necesarios para evaluacion tecnología médica en pre y pos mercado dentro del alcance de la capacidad operativa laboratorio. Monitores de signos vitales, medición de presión flexible, desfibrilación y seguridad eléctrica.						rativa del ón y					
5.	DIS	CUSIÓN Y AI	NÁLISIS	S DE R	ESULTADOS	.				23	
5.1. Objetivo #1: Comparar los modelos, legislación y protocolos existentes para la evaluación de desempeño de tecnología médica a nivel mundial							ara la 23				
5.2. Objetivo #2: Diseñar la estructura organizativa y documer para realización de pruebas de desempeño bajo el cumplimiento											
	5.3. tecnolo	Objetivo #3 (ogía médica	•		rativa laborato				•		
	5.4.	Objetivo #4 [Diseño d	del mod	elo de gestió	າ				34	
	5.4.	1.Modelo d	le ges	tión (del laborate	orio d	del gru	po GIB	IC, se	de oriente	
										34	

6. 7.	CONCLUSIÓN		82
	5.5.2. Validación	de	protocolo
	5.5.1.Diseño	de	protocolo
e	5.5. Objetivo #5 Diseñar y vali evaluación de tecnología médica operativa del laboratorio. Monitor	idar los protocolos de desempeño r a en pre y pos mercado dentro del a res de signos vitales, medición de p ca.	necesarios para alcance de la capacidad presión flexible,
	5.4.7. Capacidad operativa	laboratorio de evaluación de de	sempeño de tecnología
		icas del laboratorio	
	tecnología	os para el almacenamiento y	36
		al	
	5.4.3. Definición de responsa	abilidades en el laboratorio de ev	aluación de desempeño
		iva del laboratorio de evaluac	-

INTRODUCCIÓN

El mal funcionamiento de la tecnología médica desencadena problemas en el tratamiento, prevención y control de las diferentes patologías que pueda padecer el ser humano[2]. Por lo que se pretende implementar protocolos de pruebas de desempeño para la tecnología médica buscando diseñar un modelo de gestión de un laboratorio para la evaluación del desempeño de esta, en etapa de pre y pos mercado, definiendo tipo de pruebas a realizar, magnitudes a evaluar y el cumplimiento de normas.

Este informe describe el diseño de un modelo de gestión para un laboratorio de evaluación de desempeño de tecnología médica con fines de certificación. En el capítulo 4 se describe la metodología utilizada, donde se realizó una revisión bibliográfica en artículos, bases de datos sobre los entes reguladores a nivel mundial modelos de gestión y protocolos para la evaluación de la tecnología médica, se hizo una comparación de modelos, legislación y diferentes pruebas a las que la tecnología médica debe ser sometida para verificar su funcionamiento, se revisaron los protocolos existentes de desempeño conociendo las diferentes pruebas de evaluación. Se identificaron los modelos propuestos por diferentes entidades gremiales, se diseñó la estructura organizativa y documental de un el laboratorio, dando cumplimiento a las normatividades como la NTC/ISO 17025:2005 que da los lineamientos para laboratorios de ensayo y calibración, ISO 13485, gestión de calidad de dispositivos médicos y la resolución 4002, Capacidad de Almacenamiento y/o Acondicionamiento para Dispositivos Médicos (CCAA). Se realizó un inventario de los equipos destinados para las pruebas de desempeño que tiene el grupo GIBIC, con el que se definió la capacidad operativa del laboratorio, consecuentemente se diseñaron lo protocolos de pruebas de desempeño con el tipo de pruebas realizadas en cuanto a estado físico, pruebas de seguridad eléctrica, evaluación de magnitudes propias de la tecnología, es decir que las mediciones arrojadas estén entre las tolerancias descritas por el fabricante, pruebas de software y pruebas de usabilidad. Estos protocolos fueron validados en diferentes tipos de tecnología, antes de su comercialización, utilizada para fines académicos y otras que ya se encontraban en funcionamiento en entidades de salud y en contacto con el paciente.

1. PLANTEAMIENTO DEL PROBLEMA

La presencia de eventos adversos en la prestación de los servicios de salud es una realidad a nivel mundial, y el riesgo de presentarse aumenta o disminuye con relación al número de personas que intervienen en la prestación del servicio, a la tecnología que se utiliza y a los procesos que se implementen en cada institución [3]. La regulación sobre tecnología médica permite brindar seguridad tanto a las entidades prestadoras de servicios de salud, como a los pacientes, y también permite restringir el acceso a aquellos productos inseguros o que no presentan una relación riesgo-beneficio aceptable para las instituciones, pacientes y el personal que los opera [4]. A nivel mundial existen diferentes organismos de control para la tecnología médica, los cuales trabajan por mejorar la calidad de atención médica y la seguridad del paciente. En el 2016 La Global Harmonization Task Force (GHTF), actualmente: International Medical Device Regulators Forum (IMDRF) [5], reportó que entre el 50% y el 70% de los incidentes con tecnología médica están relacionados con errores de ensamble, conexiones erradas, uso clínico incorrecto, supresión de alarmas, falla en monitoreo y la programación errónea de parámetros. En los Estados Unidos, se reportaron entre el 2006 y el 2011 un total de 5300 retiros de tecnología médica; el 23% de estos retiros fueron dados por fallas de software de los cuales el 94% presentaron medio y alto riesgo con consecuencias severas para la salud [6]; los cuales se clasifican según la regulación de cada país y el riesgo hacia la salud que puedan generar [1][7]. Para Diciembre del 2017, la revista Health Device presentó un documento en el cual habló sobre los 10 principales riesgos de la tecnología médica para el 2018. Adaptado de Health Devices 2017 Noviembre. 2017 ECRI Institute www.ecri.org/2018hazards[8]. Estos riesgos fueron:

- Ransomware (Secuestro de datos) y otras amenazas de ciberseguridad para la prestación de servicios de salud pueden poner en peligro a los pacientes.
- ✓ Fallas en el reprocesamiento (limpieza, desinfección y/o esterilización) de endoscopios continúan exponiendo a los pacientes al riesgo de infección.
- ✓ Colchonetas y protectores pueden ser infectados por fluidos corporales y contaminantes microbiológicos
- ✓ Alarmas perdidas como resultado de dispositivos y sistemas de notificación secundaria configurados inadecuadamente.
- ✓ La limpieza incorrecta puede causar fallas en los dispositivos, en los equipos y la posibilidad de lesión en los pacientes.
- ✓ Electrodos activos electro quirúrgicos sin estar en su funda pueden provocar quemaduras en el paciente.
- ✓ El uso inadecuado de herramientas de imagen digital puede provocar una exposición a la radiación innecesaria.
- ✓ Uso inadecuado del sistema de código de barras para la administración de medicamentos.
- ✓ Fallas en las redes de tecnología médica pueden llevar a un cuidado retrasado o inapropiado.
- Mala adaptación de conectores de alimentación

En Colombia, mediante el programa nacional de tecnovigilancia se realizan un grupo de actividades que promueven la identificación y la cualificación de eventos adversos serios e indeseados producidos por la tecnología médica; también la identificación de los factores de riesgo asociados a estos eventos o características con base en la notificación, registro y evaluación sistemática de los eventos adversos de la tecnología médica, con el fin de determinar la frecuencia, gravedad e incidencia de los mismos para prevenir su aparición [3]. Las instituciones de atención en salud al adquirir cierto tipo de tecnología pretenden tener la completa seguridad de su operatividad, por lo que es necesario que está sea sometida a pruebas de desempeño en laboratorios de evaluación. Los fabricantes de equipos médicos a nivel nacional tienen gran dificultad para encontrar laboratorios donde puedan validar sus innovaciones debido

a que existen muy pocos laboratorios de evaluación de tecnología para avalar el desempeño de esta.

2. OBJETIVOS DEL PROYECTO

2.1. GENERAL

Diseñar un modelo de gestión de un laboratorio de evaluación de desempeño de tecnología médica en etapa de pre y pos mercado.

2.2. ESPECÍFICOS

Objetivo#1

Comparar los modelos, legislación y protocolos existentes para la evaluación de desempeño de tecnología médica a nivel mundial.

Objetivo#2

Diseñar la estructura organizativa y documental del laboratorio GIBIC para realización de pruebas de desempeño bajo el cumplimiento de las normas aplicables.

Objetivo#3

Diseñar y validar la capacidad del laboratorio GIBIC encaminando a la certificación o acreditación.

Objetivo#4

Diseñar el modelo de gestión para el laboratorio del grupo GIBIC.

Objetivo#5

Diseñar y validar los protocolos de desempeño necesarios para evaluación de tecnología médica en pre y pos mercado dentro del alcance de la capacidad operativa del laboratorio. Monitores de signos vitales, medición de presión flexible, desfibrilación y seguridad eléctrica.

3. MARCO TEÓRICO Y ANTECEDENTES

3.1. ANTECEDENTES

3.1.1. Modelo de Gestión

Un modelo de gestión es una herramienta que organiza, planea, ejecuta y controla las actividades necesarias para el desarrollo de la misión de una entidad, a través de la prestación de servicios con altos estándares de calidad, los cuales son medidos a través de los indicadores de satisfacción de los usuarios[9].

A nivel internacional existen modelos de gestión de evaluación de desempeño de tecnología médica orientados a brindar confiabilidad al paciente y al ente asistencial para dar un diagnóstico y ofrecer un excelente tratamiento y/o control.

A continuación se mencionan los modelos propuestos por algunas entidades normativas

AAMI

Modelo diseñado con el fin de identificar riesgos de la tecnología médica, usada para el tratamiento, control y el cuidado del paciente, dando cumplimiento a una estructura organizacional como:

- ✓ Selección y adquisición de equipos
- ✓ Criterios e inventarios
- ✓ Estrategias de mantenimiento
- ✓ Inspección, prueba e intervalos de mantenimiento
- ✓ Gestión de reportes y riesgos de la tecnología médica
- ✓ Procedimientos de emergencias

Este modelo contiene indicadores no explícitos, estos son derivados de la gestión del riesgo, entrenamientos necesarios y terminación de mantenimientos.

ACCE

Guía realizada para la correcta adquisición de tecnología médica, estandarizando el proceso de adquisición de esta de la siguiente forma:

- ✓ Identificación y evaluación de la tecnología requerida y tecnologías alternativas para satisfacer la necesidad clínica identificada.
- ✓ Verificación de requisitos de etiquetado y rendimiento de la tecnología.
- ✓ Mantenimiento de la tecnología
- ✓ Adquisición de tecnología.
- ✓ Evaluación de requisitos de instalación, capacitación y mantenimiento de la tecnología.
- ✓ Estudio de funciones totales de la tecnología ensayos de prueba, la instalación y la entrega de los productos especificados.

Este modelo no especifica indicadores de gestión.

CENETEC

Elaboró un documento de tecnología médica, en el cual permite evaluar beneficios, riesgos y costos sociales e individuales sobre el uso de una tecnología nueva o ya existente en el mercado. En esta guía se evidencia un proceso dinámico con diferentes tipos de evaluación.

Dominio de toma de decisiones:

- ✓ Implementación: La realización de la evaluación está enmarcado en varios procesos.
- ✓ Diseminación: Realiza el envío del informe final de la tecnología al solicitante y su posible publicación en internet, revistas especializadas o bases de datos de la tecnología.
- ✓ Retroalimentación: Los desarrolladores reciben retroalimentación sobre el proceso de toma de decisiones para verificar el apoyo de las conclusiones y recomendaciones en la toma de decisiones informadas.

Dominio de la investigación

- ✓ Evaluación clínica.
- ✓ Evaluación económica.
- ✓ Evaluación organizacional y evaluación ética y social.

MHRA

Guía de ayuda para las entidades prestadoras de servicios de salud para establecer y desarrollar sistemas que promuevan el uso seguro de la tecnología médica con herramientas como:

- ✓ Adquisición de dispositivos
- ✓ Entrenamiento
- ✓ Mantenimiento y reparación
- √ Reporte de incidentes adversos
- ✓ Descontaminación
- ✓ Dada de baja y disposición final

Los indicadores de esta guía no están explícitos, son basados en inventario de equipos, registros de mantenimiento y reparación, tiempo de mantenimiento y reparaciones completas, costos y rendimiento, entrenamiento, capacitaciones, reporte de incidentes adversos[10].

Ministerio de salud y la protección social

En Colombia el ministerio de protección social publicó una guía para instruir al personal de salud sobre todos los conocimientos básicos para realizar una gestión de equipos biomédicos. En esta guía, se promueve todo el mejoramiento de usabilidad de la tecnología médica por partes del personal asistencial, como también se promueve una renovación tecnológica.

La gestión de la tecnología médica se hace a través de una propuesta de la organización mundial de la salud (OMS) del ciclo de vida de esta, compuesto por:

- ✓ Selección: Adquisición de los equipos por compra, contrato, renta, modalidad de riesgo compartido, contrato de concesión.
- ✓ Mantenimiento: Organización del plan de mantenimiento y su clasificación en predictivo, preventivo, correctivo, de precisión y mejoramiento continuo.
- ✓ Reposición: Delimitación de los principios de reposición, de la metodología y la elaboración del prepuesto para tal fin.
- ✓ Bajas: Soporte legal de procesos de bajas y la clasificación y práctica del procedimiento par bajas.
- ✓ traslados: Selección de la modalidad de traslado y su planeación.

Cuando ya se encuentran ejecutados estos procesos se hace un control de seguimiento para verificar su cumplimiento.

3.1.2. Entidades normativas

En diferentes regiones del mundo existen entidades encargadas de la vigilancia y control de la tecnología médica, esto con el fin de darle una mayor confiabilidad al paciente en cuanto a diagnósticos, tratamientos médicos y poder garantizar su salud[11][12]. La tecnología médica cumplen un papel muy importante en los sistemas de salud, actualmente se puede hacer una estimación de alrededor de 10.000 tipos de tecnología operando en el mundo[13]. Esta, debe ser regulada y verificada para ofrecer seguridad al paciente. A nivel mundial existen diferentes organizaciones encargadas de vigilar la tecnología médica, trabajando para establecer requisitos que ayuden a minimizar riesgos al paciente ocasionados por el uso de esta[11]; Algunas de estas organizaciones son:

FDA (Food and drug administration)

AAMI (Association for the Advancement of Medical Instrumentation)

ANSI (American National Standard Institute)

ECRI (Emergency Care Research Institute)

IMDRF (International Medical Device Regulators Forum)

GHTF (Global Harmonization Task Force)

IEC (International Electro technical Commission)

3.1.3. Protocolos de desempeño de tecnología médica

A nivel mundial la Asociación Americana para el Desarrollo de la Instrumentación Médica (AAMI, siglas en inglés) presentó en 1987 una normativa sobre el esfigmomanómetro aneroide electrónico en la que figuraba un protocolo para determinar la fiabilidad de dichos dispositivos. En 1990, la Sociedad Británica de Hipertensión (BHS, siglas en inglés) creó su propio protocolo, revisado en 1993, que contempla un amplio rango de presiones y establece los mínimos que deben cumplir los dispositivos basado en la OIML R16-1. El protocolo estándar que creó la Sociedad Europea de Hipertensión (ESH, siglas en inglés) añadió ciertos requisitos específicos para determinar la fiabilidad en un grupo de pacientes y que deben cumplirse para poder recomendar dichos dispositivos[14].

Otro importante protocolo que también reclama un grado similar de fiabilidad es el EN 1060-Part IV, que exige la obtención del sello de calidad, un reconocido galardón que cuenta con la homologación de la Liga Alemana contra la Hipertensión. La base para la prueba clínica es el DIN EN 540, ampliado con más requisitos relacionados, por ejemplo, con la selección del observador y la evaluación de los resultados.

La Fluke Biomedical con la Universidad de Vermont propusieron unos protocolos de pruebas de desempeño de tecnología médica, basados en los mantenimientos preventivos, en la inspección interna de la tecnología y en la normalización internacional, como lo es la IEC 60601 de seguridad eléctrica de equipos electromédicos[15].

3.1.4. Pruebas de desempeño

Las pruebas de desempeño de la tecnología médica tienen como fin regular y controlar la calidad y el tipo de pruebas que deben realizarse a esta[16].

En Colombia el desempeño de la tecnología médica se evalúa por el diagnóstico de actividades realizadas a esta como los son las actividades metrológicas y los mantenimientos preventivos que se les debe realizar a este tipo de tecnología[17]. El decreto 2269 de 1993 organiza un sistema nacional de normalización, certificación y metrología, derogado por el decreto 1471 de 2014 donde se reorganiza el subsistema de gestión de calidad y define que solo se someten a un control metrológico la tecnología que tenga como función principal medir, pesar y contar; aquella tecnología que mide, pesa, y cuenta, pero que su función principal no es esta, deben ser sometidas a pruebas de desempeño[18]. El decreto 1595 de 2015 dicta las normas relativas al subsistema de calidad y establece los entes de control. ONAC, ICONTEC [19].

3.2. MARCO TEÓRICO

3.2.1. Regulación de tecnología médica a nivel mundial

Mejorar el uso seguro de la tecnología médica es uno de los ítems importantes para las instituciones prestadoras de servicios de salud; existen programas y sistemas de vigilancia en diferentes países con el fin de poder garantizar la seguridad del paciente, contribuyendo a la disminución de situaciones riesgosas para este[11], [12].

El objetivo de estos entes, es generar las normas y elementos que garanticen el correcto seguimiento y control de la tecnología médica. Entre los cuales se destacan los que se observan en la Figura 3.1. Entes reguladores a nivel mundial. Fuente[13]

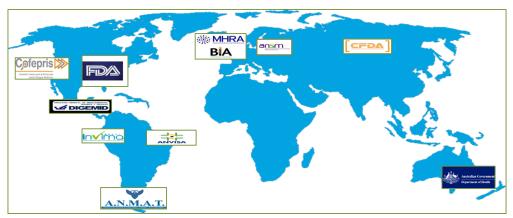


Figura 3.1. Entes reguladores a nivel mundial. Fuente propia.

Estados Unidos (E.U.) (CDRH) de la FDA, la regulación y aprobación de la tecnología médica es realizada por el Centro Para Dispositivos y Salud Radiológica (CDRH) de la FDA que tienen como objetivo promover y proteger la salud mediante la fabricación de tecnología médica segura, el nivel de seguridad se determina según la clasificación de riesgo ante el paciente que tengan esta tecnología. El proceso de registro en los Estado Unidos es realizado por comparación, si el fabricante logra demostrar que su producto es "sustancialmente equivalente" a otro que se encuentra actualmente en el mercado. Esta forma de evaluación es conocida como el programa 510(K) evaluando la similitud entre un dispositivo que se requiere introducir al mercado y uno que ya se está comercializando. (Llamado dispositivo previamente existente). Estos se encuentran mediante el número 510(K), conocido como número regulatorio de la FDA o código de clasificación del producto. Posteriormente se determina si al dispositivo aplica algún documento o quía especial desarrollada por entidades regulatorias para tecnología médica[6].

Unión Europea, la regulación esta soportada en las guías de la tecnología médica, se analizan los protocolos que se encuentran diseñados adecuadamente dando cumplimiento a las evaluaciones de los criterios específicos de la tecnología, datos, rutas de investigación clínica, que presenten el seguimiento pos mercado y la decisión del cuerpo notificado que da la autorización para la comercialización[20]. Finalmente se realizan las pruebas necesarias sólo para el fin al que fue destinado el dispositivo. Este sistema es basado en los cuerpos notificados que implementan un control normativo de la tecnología y emiten la marca CE, que es la marca oficial requerida [21]. En la Unión Europea existen más de 50 organismos notificados, por eso cada fabricante de tecnología médica tiene la potestad de elegir cualquiera de estos para evaluar el dispositivo objeto, después que se le otorque la aprobación la vigilancia de comercialización es responsabilidad del estado miembro a través de la autoridad competente. La clasificación del riesgo en la Unión Europea es caracterizada por la evaluación de conformidad, es decir para los dispositivos de clase I la puede realizar directamente el fabricante debido al bajo riesgo ante el paciente asociado a estos, para la tecnología de clase II y III un alto riego para el paciente, se debe tener un control por un organismo notificado en cuanto al diseño y fabricación. Para la comercialización de estos se exige una autorización previa especificando su conformidad [22].

Argentina, ANMAT la certificación debe dar cumplimiento a los requisitos establecidos por la Administración Nacional de Medicamentos, Alimentos y Tecnología Médica (ANMAT), entre estos requisitos se encuentran los ensayos de seguridad y eficacia, estos ensayos son realizados para la verificar que los equipos son fabricados en laboratorios habilitados por ANMAT. Estos laboratorios deben garantizar el cumplimiento de la ISO/IEC 17025:2005 [23], para garantizar que los métodos de ensayo son adecuados y realizados por personal altamente calificado para darle una alta confiabilidad al resultado presentado [24].

Perú- DIGEMID Se otorga por nombre común, clasificación según nivel de riesgo, fabricante y país del fabricante, adicionalmente se otorgará por grupo de dispositivos (kit, set, sistema y familia), nombre y país del sitio de fabricación, nombre comercial y/o marca si los tuviera, tomando en consideración los documentos de la International Medical Devices Regulators Forum

- IMDRF. En el caso que el fabricante declarado cuente con distinto sitio de fabricación se debe informar, además, su nombre o razón social y su dirección, el cual debe estar avalado por el Certificado de Libre Comercialización. En el caso que el fabricante declarado cuente con distinto(s) sitio(s) de fabricación de accesorios, diferentes al de la tecnología médica, se debe informar su razón social, dirección y país de dicho(s) sitio(s), debiendo estos datos estar incluidos en el Certificado de Libre Comercialización o carta del fabricante. Si de la combinación de tecnología resulta una que es destinada por el fabricante para satisfacer un objetivo distinto al de la tecnología médica individual que la compone, la combinación es una nueva tecnología por derecho propio y deben ser clasificados de acuerdo al nuevo uso previsto. Si de la combinación de la tecnología resulta una que es destinada para la comodidad del usuario, pero no cambian los usos previstos individuales de los mismos que la componen, la clasificación asignada al conjunto de tecnología corresponde a la del dispositivo de más alto riesgo que se encuentra incluido en él. El software que no viene incorporado en tecnología médica, siempre que este, de forma independiente, se encuentre enmarcado dentro de la definición de tecnología médica, debe clasificarse como sigue: Cuando conduzca o ejerza influencia en el uso particular de la tecnología, ésta debe ser clasificada de acuerdo al uso destinado de la combinación. Cuando se encuentra de forma independiente de cualquier otra tecnología, se clasifica tomando en consideración los documentos de la International Medical Devices Regulators Forum - IMDRF. El software de manera independiente será considerada como un tecnología médica activa[25].

Brasil – ANVISA, creado por la Ley Nº 9782, del 26 de enero de 1999, la Agencia Nacional de Vigilancia Sanitaria (ANVISA) es un regulador independiente, una agencia reguladora, caracterizada por la independencia administrativa, la estabilidad de sus directores durante el período del mandato y la autonomía financiera. La Agencia tiene campo de acción en un sector específico de la economía: todos los sectores relacionados con los productos y servicios que puedan afectar a la salud de la población. Su experiencia abarca tanto la regulación de la salud como la regulación económica del mercado.

Además de la asignación de la regulación, también es responsable de la coordinación del Sistema Nacional de Vigilancia Sanitaria (SNVS), integrado con otros organismos públicos relacionados directa o indirectamente con el sector de la salud. En la estructura del gobierno federal, la ANVISA está vinculada al Ministerio de Salud y es parte del Sistema Único de Salud (SUS), que absorbe sus principios y directrices.[25]

México, COFEPRIS, La Comisión Federal para la Protección contra Registros Sanitarios es un órgano con autonomía administrativa, clasificación según el riesgo frente al paciente. Clase I: Aquellos insumos conocidos en la práctica médica y que su seguridad y eficacia están comprobadas y, generalmente, no se introducen al organismo.

Clase II: Aquellos insumos conocidos en la práctica médica y que pueden tener variaciones en el material con el que están elaborados o en su concentración y, generalmente, se introducen al organismo permaneciendo menos de treinta días. Clase III: Aquellos insumos recientemente aceptados en la práctica médica, o bien que se introducen al organismo y permanecen en él por más de treinta días[4].

Colombia INVIMA. Una tecnología médica debe llevar un control realizado por el organismo regulador, el Instituto Nacional de Medicamentos y Alimentos (INVIMA).

La clasificación es según su nivel de riesgo ante el paciente, clase I (riesgo bajo) definido por el fabricante. Clase IIa (riesgo moderado) sujeto a controles especiales en su fabricación. Clase IIb (riesgo alto) y III (riesgo muy alto), sujetos a controles especiales en su diseño y fabricación para demostrar su seguridad y efectividad. El proceso regulatorio es dado por el Decreto 4725 de 2005, el cual reglamenta el registro sanitario, permiso de comercialización y vigilancia sanitaria, el capítulo III del anterior decreto establece que todo fabricante y/o importador debe certificarse en buenas prácticas de manufactura, capacidad de almacenamiento y/o acondicionamiento de la tecnología médica. El Ministerio de Salud y la Protección Social expide la norma que lo regula y controla [17].

Para garantizar la calidad del funcionamiento de la tecnología se debe implementar un proceso protocolario donde se especifique el tipo de pruebas que deben realizarse para certificar el desempeño de este, estas pruebas deben ser diseñadas a partir de las recomendaciones dadas por el fabricante cumpliendo con las normatividades vigentes.

3.2.2. Laboratorio de ensayo

Es aquel que aplica una operación técnica determinando las características o desempeño de un producto, obteniendo un resultado registrado en un informe de ensayo o desempeño. Este laboratorio debe tener un sistema de calidad para darle una estructura organizacional al proceso realizado[26].

3.2.3. Acreditación de laboratorio de ingeniería clínica

En Colombia, la acreditación es el proceso por el cual el Organismo Nacional de Acreditación de Colombia- ONAC[27]. Puede constatar y dar fe de las buenas prácticas de ensayo y evaluación que realiza un laboratorio; este proceso es basado en estándares nacionales e internacionales demostrando de una forma efectiva su competencia técnica, dando muestras de credibilidad de los servicios que ofrece. La ISO/IEC 17025:2005. la cual forma la base para la acreditación de laboratorios[23]. Dicha norma incluye muchos de los criterios contenidos dentro de la Norma ISO 9001, esta ha sido preparada específicamente tomando en cuenta las actividades de los laboratorios de ensayo y calibración, haciendo énfasis en los elementos que conforman un sistema de la calidad, una buena organización y en los temas de competencia técnica pertinentes a las operaciones de un laboratorio[12]. El proceso para alcanzar esta acreditación se logra realizando una documentación del sistema de gestión de calidad, especificando el protocolo implementado para la evaluación a realizar a la tecnología médica con sus procedimientos de ensayo donde se describa la secuencia especifica de operaciones y métodos aplicados; incluyendo las trazabilidad de los equipos utilizados para estas evaluaciones y las capacitaciones realizadas sobre los procesos al personal del laboratorio.

ISO/IEC 17025:2005

Esta norma internacional es aplicable a todos los laboratorios de ensayo o calibración, independientemente de la cantidad de empleados o de la extensión del alcance de las actividades de ensayo y/o de calibración. Existen dos clausulas en la norma, los requisitos de gestión y lo requisitos técnicos[23].

Requisitos de gestión

- ✓ Organización: Se debe tener unos recursos asignados de administración, verificación, auditoria.
- ✓ Sistema de gestión: Se debe realizar con el fin de satisfacer las necesidades de los clientes con políticas y objetivos de calidad.
- ✓ Control de los documentos:
 - Documentos externos: Distribuir y mantener actualizaciones.
 - Documentos internos: controla identificación, edición, número de páginas.
- ✓ Revisión de los pedidos, ofertas y contratos: Definir requisitos, verificar factibilidad, procedimientos de ensayo cumpliendo con los requisitos de estos ensayos, documentación.
- ✓ Subcontratación de ensayos y de calibraciones: Informar por escrito al cliente, conservar registro de evaluación de competencias, listado de laboratorios aprobados.
- ✓ Compras de servicios y de suministros: Equipos, materiales de consumo, servicios.
- ✓ Servicios al cliente: Determinar la satisfacción del cliente por medio de encuestas, explicación del servicio.
- ✓ Quejas: teniendo todos los procedimientos documentados con registro de quejas y acciones tomadas.

- ✓ Control de trabajos de ensayo o de calibración no conformes: Definir responsabilidades y autoridades, evaluar los procesos, tomar las acciones correctivas necesarias y notificar al cliente.
- ✓ Mejora
- ✓ Acciones preventivas y correctivas: Mejorar la calidad orientada a aumentar la capacidad de cumplir con los requisitos.
- ✓ Control de los registros: sistematizar, recolectar, registrar el almacenamiento de los registros técnicos y de calidad.
- ✓ Auditorías internas: documentar los hallazgos encontrados en las auditorias con sus planes de mejora.

Requisitos técnicos

- ✓ Personal: Educación, entrenamiento, conocimiento técnico, experiencia.
- ✓ Instalaciones y condiciones ambientales: Ambiente adecuado, control y registro de condiciones ambientales, separación de áreas incompatibles, acceso controlado, limpieza.
- ✓ Métodos de ensayo y de calibración y validación de los métodos: Métodos establecidos en norma, acuerdo con el cliente, documentos validados y disponibles, procedimiento de muestreos documentados, técnicas estadísticas apropiadas,
- ✓ Equipos: Adecuados para verificación.
- ✓ Trazabilidad de las mediciones
- ✓ Muestreo
- ✓ Manipulación de los ítems de ensayo o de calibración
- ✓ Aseguramiento de la calidad de los resultados de ensayos y de calibración
- ✓ Informe de los resultados

ISO 13485

La norma ISO 13485: 2016 específica los requisitos para un sistema de gestión de calidad que puede usar una organización involucrada en una o más etapas del ciclo de vida de una tecnología médica, incluido el diseño, desarrollo, producción, almacenamiento, distribución, instalación, mantenimiento, desensamble, disposición final de esta, el diseño y desarrollo o provisión de actividades asociadas (por ejemplo, soporte técnico). Los requisitos de la presente norma también los pueden usar proveedores u otras partes externas que suministran el producto (por ejemplo, materias primas, componentes, sub ensambles, tecnología médica, servicios de esterilización, calibración, distribución o de mantenimiento) a estas organizaciones. El proveedor o parte externa pueden escoger voluntariamente cumplir los requisitos de la presente norma, o este cumplimiento se puede exigir por contrato.

Objeto y campo de aplicación

Esta norma específica los requisitos de un sistema de gestión de calidad. Cuando una organización necesita demostrar su capacidad para el suministro de tecnología médica y servicios relacionados deben cumplir sistemáticamente los requisitos de sus clientes y los requisitos regulatorios aplicables. Estas organizaciones pueden estar involucradas en una o más etapas del ciclo de vida incluyendo el diseño y el desarrollo, la producción, el almacenamiento y la distribución, la instalación o mantenimiento de la tecnología médica, y el diseño y desarrollo o realización de actividades asociadas (por ejemplo, soporte técnico). La presente norma también la pueden usar los proveedores o partes externas que suministran a estas organizaciones productos que incluyen servicios relacionados con el sistema de gestión de calidad[23].

Enfoque a procesos

La presente norma se basa en un enfoque a procesos para la gestión de la calidad. Se puede considerar como un proceso donde cualquier actividad que recibe entradas, las convierte en salidas.

Con frecuencia, la salida de un proceso constituye directamente la entrada al proceso siguiente. Para el funcionamiento eficaz de una organización es necesario identificar y gestionar numerosos procesos relacionados. La aplicación de un sistema de procesos dentro de una organización, aunada a la identificación e interacciones de estos procesos y a su gestión para producir el resultado deseado, se puede denominar "enfoque a procesos".

Cuando este enfoque se usa dentro de un sistema de gestión de calidad, enfatiza la importancia de:

- a) Comprender y cumplir los requisitos;
- b) Considerar los procesos en función del valor agregado;
- c) Obtener resultado del desempeño y eficacia del proceso;
- d) Mejorar los procesos con base en mediciones objetivas.

Resolución 4002 de (2007) Almacenamiento y acondicionamiento de tecnología médica

Un laboratorio encargado de realizar la validación y todo el acondicionamiento físico y etiquetado de las innovaciones propias, por lo que debe implementar los siguientes lineamientos[28].

Planificación del diseño y desarrollo

- ✓ El laboratorio debe planificar y controlar el diseño y desarrollo del producto, durante la planificación del diseño y desarrollo. El laboratorio debe verificar la revisión, verificación y validaciones apropiadas para cada etapa del desarrollo.
- ✓ El laboratorio debe establecer procedimientos documentados para el diseño y desarrollo del producto.
- ✓ El laboratorio debe planificar y controlar el diseño y desarrollo del producto, durante la planificación del diseño y desarrollo.

3.2.4. Pruebas de desempeño

Las pruebas de desempeño de la tecnología médica deben ser implementadas en un espacio pertinente para esta función, laboratorios que tengan como función realizar evaluaciones de la tecnología en su etapa de pre y pos venta, evaluando la funcionalidad, magnitudes, especificaciones técnicas, los aspectos físicos que permiten el aprovechamiento de los recursos disponibles de forma segura para el paciente por medio de equipos de alta calidad, respaldados por estándares y normatividades nacionales e internacionales [29], [30]. Debido a que el mercado de la tecnología médica es un sector altamente regulado, todos los procesos que ofrece el laboratorio deben estar basados en normatividades para facilitar que incluya algunos requisitos en particular para tecnología médica, como el análisis de riesgos, la fabricación estéril y la trazabilidad. Estas son decisivas, puesto que al ser validada indica que está cumpliendo con las propuestas de seguridad aplicadas por el fabricante y se da cumplimiento a normatividades nacionales e internacionales para regulaciones de comercialización y uso seguro [31]-[33]. Una correcta evaluación de la tecnología médica asegura que cumple con las especificaciones del fabricante, con los requisitos de seguridad de las instituciones prestadoras de servicios de salud y de los organismos reguladores. A continuación se mencionan algunas de las pruebas que deben realizarse a la tecnología médica.

Seguridad Eléctrica

Se debe tener en cuenta la clasificación de los equipos en cuanto a su tipo y nivel de protección.

Tipo de protección

Clase I se caracterizan por tener además de un aislamiento básico, una conexión de seguridad adicional consistente en la conexión del equipo al conductor de protección a tierra.

Clase II son los que poseen aislamiento doble o reforzado, sin conexión de puesta a tierra.

Nivel de protección

- **B.** Tiene alimentación interna pero sin partes aplicables al paciente, sin embargo tiene un grado mínimo de protección contra corrientes de fuga.
- **BF.** Son flotantes eléctricamente y tienen partes aplicables al paciente.
- **CF**. Tienen partes aplicables al paciente. Con un grado de protección contra descargas eléctricas.

Pruebas de corriente de fuga

Para la medida de corriente de fuga de conductor, se realizan las pruebas de:

Fuga de conductor simple (Fuga de chasis): es la medida del flujo de corriente desde el chasis del equipo a través de la carga a tierra de la fuente de alimentación. Esta prueba se hizo con las opciones de polaridad inversa, tierra abierta y neutro abierto.

Fuga de conductor a tierra: Es la medida del flujo de corriente a través de la carga en serie con el conductor a tierra. Esta prueba se debe realiza en un lugar donde no haya un conector equipotencial del equipo[35].

Los requerimientos para realizar este tipo de pruebas son internacionales, definidos por la NTC-IEC 60601-1.Donde se encuentran una familia de normas específicas para cada tipo de tecnología[36].

IEC6060 1-2-19 Incubadoras IEC6060 1-1-4 Sistemas electromédicos programables IEC6060 1-2-12 Ventiladores programables para uso médico IEC6060 1-2-18 Endoscopia IEC6060 1-1-2 Electrobisturí IEC6060 1-2-4 Desfibriladores IEC6060 1-2-22 Laser IEC6060 1-2-20 Incubadoras de transporte IEC6060 1-2-17 IEC6060 1-2-28 Dispositivos generadores y tubos de rayos x IEC6060 1-2-5 Ultrasonido IEC6060 1-2-16 Hemodiálisis IEC6060 1-2-26 Electromiografía IEC6060 1-2-10 Estimulador IEC6060 1-2-30 NIBP

Tabla 3.1. Familia de normas IEC 60601

Las pruebas generales de la NTC-IEC 60601 son:

- Medición de voltaje de línea
- Medición de resistencia a tierra
- Medición de corriente del equipo
- Medición de resistencia de aislamiento
- Medición de corriente de fuga a tierra
- Medición de fuga corriente del chasis
- Medición de corriente de partes aplicables a tierra
- Medición de corriente de fuga entre partes aplicable
- Medición de aislamiento de partes aplicables

Pruebas de software

Estas pruebas están diseñadas según la norma IEC 62304 establecidas para un ciclo de vida del software[37].

- Listado de variables específicas de entrada/salida
- Verificación de rango de unidades de cada variable
- Inclusión de procesos, algoritmos
- Velocidad de ejecución
- Comparación entre simulación y resultados analíticos
- Usabilidad

Pruebas de flujo, volumen, presión y resistencia ambiental

Los estándares para cualquier tipo de equipo electrónico que pueda verse afectado por factores ambientales, requieren pruebas frente a vibraciones, caídas, resistencias altas y bajas presiones; estas pruebas las proporciona la comisión de electrotécnica internacional se encuentran en la norma en la serie 60068 de la IEC[38].

Pruebas de usabilidad

Estas pruebas están basadas en IEC 62366-1, con estas pruebas se verifica que el equipo sea fácil de usar para el personal que lo va a utilizar. Estas se realizan posteriormente a la capacitación_de manejo del equipo. Tomando como referencia el tiempo utilizado por la persona experta en la operatividad de este[39].

Pruebas de carcasa

Estas pruebas se basan en la MIL-STD 810, son realizadas solo a prototipos, equipos no comercializados, consisten en someter la tecnología a altas temperaturas y altos impactos[40].

Magnitudes a evaluar propias de la tecnología médica

La tecnología médica es empleada dentro de un proceso asistencial que opera dentro de los límites de calidad establecidos por el fabricante, para las magnitudes fisiológicas asociadas. Estas magnitudes son tomadas como indicadores que ofrecen un proceso preventivo, de evaluación para el ser humano[16][41].

4. METODOLOGÍA

4.1. Revisión bibliográfica

La revisión bibliográfica se llevó a cabo realizando búsquedas en artículos, libros, tesis, bases de datos, sobre los diferentes protocolos, modelos de gestión de evaluación de desempeño de tecnología médica, se realizó un recorrido por los diferentes entes reguladores a nivel mundial de tecnología médica y se estudió las diferentes metodologías que aplican para que una tecnología pueda entrar al mercado y ser comercializada mediante requisitos técnicos, documentación y diferentes pruebas a las que debe ser sometida antes de que el fabricante pueda comercializarla en una región especifica; para esto se utilizaron bases de datos de entes reguladores internacionales como la FDA y la Unión Europea; finalmente como requisito fundamental se establecieron los estándares principales que determinan los límites operacionales de este tipo de tecnología. Se realizó un estudio del Decreto 4725 de 2005 del INVIMA, para conocer los lineamentos exigidos y establecer el contenido del informe que avale el buen funcionamiento de tecnología médica para obtener el registro otorgado por ellos para comercializar la tecnología. Se realizó un estudio sobre modelos de gestión, nivel organizacional de personal, cargos, capacidad y estructura física, esto para entender el concepto y poder ser aplicado al laboratorio del grupo GIBIC, también se realizó una búsqueda bibliográfica de las normatividades colombianas existentes que deben ser aplicadas a laboratorios de acuerdo con los procesos que se pretenden realizar en él, es decir, pruebas de desempeño, gestión de calidad y almacenamiento de tecnología médica, de esta búsqueda se obtuvo la NTC/ISO 17025:2005 que da los lineamientos para laboratorios de ensayo y calibración.

4.2. Diseño de estructura organizativa y estructura documental del laboratorio del grupo GIBIC

Una vez obtenida la normatividad técnica que debe ser aplicada al laboratorio del grupo GIBIC para los proceso, se procedió a diseñar la estructura organizativa del mismo, donde se aplicaron los lineamientos de la NTC/ISO 17025:2005 y se definió la estructura organizativa y documental del laboratorio.

Para el diseño de la estructura organizativa se tuvo en cuenta la capacidad de personal del grupo GIBIC y se definió el personal mínimo que debe tener y definir las funciones de cada uno.

Director técnico: encargado de vigilar los procesos realizados en el laboratorio, que se dé cumplimiento a las normas NTC-ISO-17025, NTC-ISO-13485 y la resolución 4002[7][8]. Es el responsable por el laboratorio ante los entes de control.

Auditor interno: encargado de vigilar los procesos realizados en el laboratorio, que se dé cumplimiento a las normas NTC-ISO 17025:2005, 13485:2016 y la resolución 4002[24][47].

Jefe de producción: Este depende directamente del responsable de calidad, con funciones a cargo como: Planificar los recursos humanos, técnicos y administrativos de acuerdo con la dirección de calidad, es el responsable de la formación continua, en materia de ensayos, planificación y dirección de las auditorías internas y reuniones de revisión del sistema de calidad del laboratorio.

Personal de gestión de la información: Encargado de adquisición, organización, almacenamiento, recuperación y diseminación de los recursos de información que se generan y utilizan en la organización

Personal operativo: Es el encargado de realizar las funciones de clasificación de tecnología médica según las pruebas de desempeño a realizar, ejecutan las pruebas según las normas y procedimientos establecidos aplicando los protocolos.

Para el diseño documental del laboratorio se aplicaron los lineamientos donde se establece que se debe dar cumplimiento a requisitos de gestión y técnicos aplicados a los procesos que se realizan en el laboratorio. Debido a que en el laboratorio del grupo GIBIC, no solo se realizarán pruebas de desempeño, sino que también se pretende realizar toda la gestión de calidad, almacenamiento y etiquetado de las innovaciones del Grupo de Investigación en Bioinstrumentación e Ingeniería Cínica GIBIC, por lo tanto se tuvo en cuenta los requisitos de gestión y técnicos de las normatividades aplicables, es decir NTC/ISO 17025:2005 que da los lineamientos para laboratorios de ensayo y calibración, ISO 13485, gestión de calidad de tecnología médica y la resolución 4002, almacenamiento de tecnología médica.

4.3. Diseño y validación de la capacidad del laboratorio del grupo GIBIC encaminando a la certificación o acreditación.

Se realizó un estudio de la capacidad física y de las instalaciones del laboratorio del grupo GIBIC. Que estas, estuvieran ubicadas y diseñadas de tal forma, que sean apropiadas para los procesos a realizar, garantizando la minimización de los riesgos, permitiendo la adecuada limpieza, mantenimiento, orden, evitando la acumulación de agentes contaminantes en general y toda condición que pueda influir negativamente en la calidad de la tecnología médica.

Se realizó un inventario de los equipos del grupo GIBIC, destinados a realizar las pruebas de desempeño y se definió cuales iban a ser utilizados en el laboratorio especificando capacidad y magnitud de medida.

4.4. Diseño del modelo de gestión para el laboratorio del grupo GIBIC.

Posteriormente al diseño de la capacidad organizativa, de personal, y documental del laboratorio se diseño el modelo de gestión del laboratorio.

Para poder realizar pruebas de evaluación de desempeño, se definieron las funciones del personal del laboratorio, áreas y equipos a utilizar.

4.5. Diseño y validación de los protocolos de desempeño necesarios para evaluación de tecnología médica en pre y pos mercado dentro del alcance de la capacidad operativa del laboratorio. Monitores de signos vitales, medición de presión flexible, desfibrilación y seguridad eléctrica.

Para el diseño de los protocolos de evaluación de tecnología médica se tuvo en cuenta la capacidad operativa del laboratorio, ya que según los equipos de evaluación con los que cuenta, se diseñaron el tipo de pruebas a realizar y el acceso a la documentación normativa que tiene la Universidad de Antioquia para referenciar dicho protocolo.

Para el diseño de protocolo se buscó que fuera general para cada tipo de tecnología e incluyera un número de pruebas para su evaluación.

Posteriormente al diseño de protocolo se validó en diferentes tipos de tecnología, inicialmente se validó la seguridad eléctrica en una autoclave y una cámara hiperbárica de fabricantes nacionales de la ciudad de Medellín, las demás secciones del protocolo fueron validadas en 3 monitores de signos vitales comerciales, un desfibrilador, un desfibrilador externo automático, un ventilador mecánico, una unidad de electrocirugía y en el prototipo de la manta anti escaras, una innovación propia del grupo GIBIC.

5. DISCUSIÓN Y ANÁLISIS DE RESULTADOS

5.1. Objetivo #1: Comparar los modelos, legislación y protocolos existentes para la evaluación de desempeño de tecnología médica a nivel mundial.

Modelos de gestión de evaluación de desempeño de tecnología médica

Para el desarrollo de esta etapa del proyecto se realizó un estudio de modelos de gestión para la evaluación de desempeño de la tecnología médica, propuestos por diferentes asociaciones gremiales con el fin de brindar confiabilidad al paciente frente al uso de la tecnología médica[11].

La Asociación Americana para el desarrollo de la Instrumentación Médica (AAMI por sus siglas en inglés) propuso un plan de gestión diseñado para identificar y manejar los riesgos de los equipos médicos en las entidades prestadoras de servicios de salud, centrado en el seguimiento y mitigación de riesgos de los equipos usados para diagnóstico, tratamiento y/o el cuidado de los pacientes, teniendo en cuenta la sección de equipos, criterios para inventarios donde se realizan estrategias para el mantenimiento como las pruebas realizadas y el enfoque del reporte entregado posterior al mantenimiento buscando generar alertas sobre equipos que se encuentren en un riesgo funcional. El personal que interviene en la ejecución de este plan de gestión se describe a continuación[42].

Junta del hospital: Recibe y revisa los informes periódicos.

Comité de cuidado de entornos (EC): Hace seguimiento y mitigación de los riesgos en el hospital.

Ingeniero Biomédico: Garantiza la ejecución adecuada del programa de mantenimiento, calibración e inspección de equipos médicos.

Miembros del personal: Responsables de familiarizarse con el uso de los equipos para disminuir eventos adversos.

Para la efectividad de la gestión implementan procesos como

Selección y adquisición de equipos: Evaluación pre-mercado de los equipos médicos por Personal asistencial, personal técnico y administrativo.

Criterios e inventario: Evaluación de riesgos físicos y seguridad del paciente en función del equipo médico durante su uso y una inspección de los equipos en la puesta en servicio.

Estrategias de mantenimiento: Ejecución de actividades de mantenimiento preventivo orientado a la limpieza y verificación funcional y estableciendo una frecuencia de actividades de inspección.

Inspección, frecuencias de mantenimiento: Gestión adecuada y sistematizada del mantenimiento y Seguimiento a la terminación de mantenimiento programado y actividades realizadas de traslado y uso.

Gestión de reportes y retiros: Reportes evidenciando el funcionamiento de los equipo para determinar fallas de una posible causa. Seguimiento al desarrollo de cada una de las actividades que se le realiza al equipo, Implementación de cambios en entornos o entrenamiento para eliminar o reducir los riesgos asociados a los eventos reportados

Procedimientos de emergencia: Verificación de inventarios y pruebas iniciales de funcionamiento.

El Colegio Americano de Ingeniería Clínica (ACCE por sus siglas en inglés)

Guiar sobre los procedimientos a seguir para una correcta adquisición de tecnología, señalando actividades como[43].

Identificación y evaluación de la tecnología requerida y tecnologías alternativas para satisfacer la necesidad clínica identificada:

- ✓ Identificación de los procedimientos clínicos para los que se pretende usar la tecnología y para los que puede ser usado. Se indagan alternativas tecnológicas a emplear en los mismos procedimientos
- ✓ Estudio comparativo entre tecnología requerida y la alternativa existente en la organización (si la hay), para determinar la eficacia clínica de las opciones.
- ✓ Análisis de necesidades basado en la información recopilada.
- ✓ Verificación de requisitos de etiquetado y rendimiento de los dispositivos.

- √ Verificación de los requisitos de etiquetado, rendimiento gubernamentales y de evaluación de la tecnología por laboratorios reconocidos.
- ✓ Mantenimiento de los dispositivos: ejecución de los procedimientos de mantenimiento y servicios identificados por los fabricantes
- ✓ Determinación de recursos humanos y financieros requeridos para los procedimientos antes señalados.
- ✓ Adquisición, procesos de escucha, interpretación, evaluación y enseñanza, comunicación de la necesidad definida, monitoreo del cumplimiento de las expectativas relacionadas con la tecnología.
- ✓ Evaluación de requisitos de instalación, capacitación y mantenimiento del equipo. (No indica subprocesos).
- ✓ Estudio de funciones totales de la tecnología: Identificación de las funciones de la tecnología, opciones, accesorios, servicios y otros elementos, para garantizar que estén contenidos en la contratación.
- ✓ Ensayos de prueba, la instalación y la entrega de los registros
- ✓ Productos especificados: Inspección del cumplimiento de función prevista de la tecnología, rendimiento inicial medible y registrable y términos y condiciones de venta.

Centro Nacional de Excelencia de Tecnología en Salud CENETEC elaboró el documento de Evaluación de Tecnologías para la Salud para incentivar a realización y divulgación de la evaluación de las tecnologías en salud en la tomando decisiones en a los diferentes sistemas de salud permitiendo evaluar beneficios, riesgos y costos del uso de una tecnología nueva o existente a largo plazo. La evaluación de tecnología en salud involucra diferentes tipos de evaluación[44] [45].

1. Toma de decisiones: Planteamiento de la pregunta de investigación, diseño del protocolo de estudio, realización de la investigación, síntesis de la información y discusión de resultados compilación y elaboración del reporte.

2. Investigación- Evaluaciones de tecnologías en salud:

Evaluación clínica: Evaluación de las implicaciones de incorporación de la tecnología en la vida de las personas, basado en la seguridad y la efectividad, revisión sistemática de estudios relevantes sobre la tecnología a incorporar, análisis crítico y síntesis de literatura e interpretación de los resultados

Evaluación económica: Realiza cuatro tipos de análisis económicos entre dos o más alternativas: Análisis de minimización de costos (AMC), análisis de costo efectividad (ACE), análisis de costo utilidad (ACU), análisis de costo beneficio (ACB)

Evaluación organizacional, ética y social: Identificación de creencias y percepciones sobre la salud o la sensación de control de la enfermedad que experimenta un paciente durante un tratamiento. Medición de la influencia del mensaje emitido por el médico en la aceptación de un tratamiento y efectividad de la práctica clínica. Estudios de equidad en el acceso a la atención y a las tecnologías en salud. Asignación de valores económicos a los resultados clínicos y necesidades expresadas o percibidas en la comunidad.

Agencia Reguladora de Medicamentos y Productos Sanitarios (MHRA por sus siglas en inglés) realizó una guía para ayudar a entidades prestadoras de servicios de salud y entidades responsables de la gestión de equipos médicos a establecer y desarrollar sistemas que promueven el uso de equipos médicos para una atención en salud segura y eficaz. Con procesos como:

Adquisición de dispositivos adecuados: evaluación de diferentes métodos de adquisición de dispositivos médicos, verificación de idoneidad del dispositivo para el procedimiento previsto antes de la compra, mediante el cumplimiento de los requerimientos técnicos, de seguridad, facilidad de uso, disponibilidad, guía de operación al usuario, descontaminación, costos de mantenimiento, fiabilidad y rendimiento previo y disposición final. Revisión y acuerdo de los servicios de soporte necesarios por el dispositivo. Documentación del cumplimiento de los aspectos de adquisición acordados por las partes interesadas

Entrenamiento: Desarrollo de la política de entrenamiento, entrenamiento para usuarios finales sobre el uso previsto y operación normal de los equipos y dispositivos para un uso efectivo y seguro. Capacitación para los proveedores de servicios de reparación y mantenimiento de las entidades. Registro de los entrenamientos realizados, evaluación del personal al final del entrenamiento.

Mantenimiento y reparación: Selección apropiada de servicios de mantenimiento y reparación, elaboración de contratos de servicio de mantenimiento y/o reparación, capacitación del personal de mantenimiento y reparación, actualización en los cambios de instrucciones de mantenimiento y reparación dadas por el fabricante, inspecciones regulares a los equipos, registro computarizado de los servicios de mantenimiento y reparación para todos los dispositivos..

Reporte de incidentes adversos: Reporte de incidentes y eventos adversos relacionados con equipos en un sistema informático, realización de copias impresas o electrónicas de los reportes. **Descontaminación:** Clasificación del riesgo de infección asociado con los dispositivos médicos, descontaminación de los dispositivos siguiendo la clasificación de riesgo, etiquetado de los dispositivos con su estatus de contaminación

Dada de baja y disposición final: Reemplazo de los dispositivos médicos de acuerdo con la política de la institución, dada de baja de dispositivos no aptos para su uso según las indicaciones del fabricante o del MHRA, descontaminación, aseguramiento e inutilización de los dispositivos dados de baja, disposición final de los dispositivos siguiendo las recomendaciones del fabricante

Ministerio de Salud y Protección Social MPS: La gestión del equipo biomédico la realiza a través de un ciclo de vida propuesto por la Organización Mundial de la Salud (OMS), que se compone de:Selección, adquisición, mantenimiento, reposición, baja y traslados[4].

Una vez planeados y ejecutados los procesos de gestión, se genera un sistema de control para hacer seguimiento y verificación de su cumplimiento. La evaluación de tecnología se hace durante todo el ciclo de vida propuesto por la OMS. Realizando actividades de:

Adquisición: Se adquiere tecnología por compra u outsourcing (renting, leasing, contrato por concesión, modalidad de riesgo compartido, arrendamiento del inmueble).

Mantenimiento: Organización del plan de mantenimiento, clasificación del mantenimiento en: predictivo, preventivo, correctivo, de precisión y mejoramiento continuo, manejo presupuestal del mantenimiento.

Reposición: Delimitación de los principios de reposición, definición de la metodología de reposición, elaboración del presupuesto de la reposición.

Bajas: Soporte legal de proceso de bajas, **c**lasificación y práctica del procedimiento de bajas **Traslados:** Selección modalidad de traslado, **p**laneación del traslado.

En la Tabla 5.1, se observa un comparativo de los modelos de gestión mencionados en la sección de antecedentes.

Tabla 5.1. Modelos de gestión de evaluación de tecnología[11][46].

MODELO	VENTAJAS	DESVENTAJAS		
La asociación americana para el desarrollo de la instrumentación médica (AAMI por sus siglas en inglés)	Modelo centrado al manejo del riesgo de los equipos. Define los roles de los participantes del modelo, desde la junta hasta los miembros del personal.	No es explícito sobre indicadores de gestión de la tecnología		
El colegio americano de ingeniería clínica (ACCE por sus siglas en inglés)	Realiza la labor del ingeniero clínico en la gestión biomédica Se discriminan actividades realizadas para una buena adquisición de tecnología médica	Solo considera la etapa de adquisición de tecnología médica No sugiere indicadores Solo especifica funciones del ingeniero clínico		
CENETEC Centro nacional de excelencia de tecnología en salud	Guía el proceso de evaluación de tecnología médica Enfoque integral, abarcando aspectos éticos, clínicos y económicos	Orientado principalmente adquisición de tecnología Poca claridad en asignación de roles y responsabilidades de los participantes del proceso		

Agencia Reguladora de Medicamentos y Productos Sanitarios (MHRA por sus siglas en inglés)	Proceso detallado para cada una de las fases del modelo Incluye procesos de contaminación, dadas de bajas de tecnología y disposición final Abarca a todos los participantes del proceso en la gestión	No especifica los indicadores de gestión
Ministerio de Salud y Protección Social MPS	Mejoramiento en la gestión de tecnología médica por parte del personal asistencial	Indicadores de mantenimientos y traslados de tecnología

Los modelos de MHRA, AAMI y MPS presentan un enfoque detallado en cuanto a la gestión de la tecnología médica y los ACCE y CENETEC le dan más importancia a la parte de adquisición. Es importante poder identificar modelos existentes para evaluación de tecnología médica, los anteriormente descritos se basan en el proceso de evaluación de funcionamiento clínico y adquisición pero en la literatura no se evidencia un modelo de gestión para evaluar el desempeño de la tecnología médica en etapa de pre y pos mercado donde se evidencien las normativas que rigen a los laboratorios de ensayo y calibración, almacenamiento, acondicionamiento y la gestión de calidad de tecnología médica, como la ONAC Organismo Nacional de Acreditación Colombia[27], Norma 17025:2005, requisitos generales para la competencia de los laboratorios de Ensayo y de Calibración[24], ISO/13485 (2016) Gestión de calidad para tecnología médica[47]. Y la resolución 4002 (2007) Almacenamiento y acondicionamiento de tecnología médica [29].

Entes reguladores a nivel mundial

Mediante el estudio realizado de los diferentes entes reguladores a nivel mundial de tecnología médica, se estableció las diferencias entre estos y el INVIMA, el ente regulador colombiano. La descripción detallada de cada uno de los entes reguladores estudiados se encuentra en el marco teórico. En la Tabla 5.2, se puede observar los diferentes entes reguladores a nivel mundial, la clasificación que cada uno de los entes le dan a la tecnología médica según el riesgo que tiene frente al paciente, y el registro que otorgan para que esta pueda ser comercializada.

Tabla 5.2. Entes reguladores nivel mundial [14][26].

PAÍS	ENTE REGULADOR	CLASE I	CLASE II	CLASE III	REGISTRO
ARGENTINA	ANMAT	Х	Х	Х	ANMAT
BRASIL	ANVISA	х	х	х	ANVISA
COLOMBIA	INVIMA	х	Ila riesgo moderado/ Ilb riesgo Alto	Х	INVIMA
ESTADOS UNIDOS	FDA	х	х	х	510(k)
MÉXICO	COFEPRIS	Х	Х	Х	COFEPRIS
PERÚ	DIGEMID	х	х	Х	DIGEMID

UNIÓN	NBS(cuerpo	v	V	v	CE
EUROPEA	notificado)	Χ	Χ	Χ	CE

La diferencia más significativa entre todos estos, respecto al ente regulador colombiano, es ante la clasificación que le dan a la tecnología médica según el riesgo que tiene frente al paciente. El INVIMA divide la clase II en IIa que es riesgo moderado y IIb que es riesgo alto frente al paciente, debido a que la clase III es aquella tecnología en la que la vida del paciente depende totalmente de ella.

Protocolos de evaluación de desempeño de tecnología médica

A nivel mundial existen protocolos establecidos para el determinar fiabilidad de la tecnología médica. A continuación de describe las principales características de los protocolos de evaluación de desempeño de tecnología médica estudiados. Ver Tabla 5.3.

Tabla 5.3. Protocolos de evaluación de desempeño de tecnología médica[15][16].

ENTIDAD	CARACTERISTÍCA
Asociación Americana para el Desarrollo de la Instrumentación	Determina funcionalidad de esfigmomanómetros
Médica	Verificación de rangos establecidos
(AAMI por sus siglas en inglés)	
Sociedad Británica de Hipertensión (BHS por sus siglas en inglés)	Verificación de rangos establecidos de esfigmomanómetros
(Di 10 poi sus sigias en ingles)	Establece máximos y mínimos basado en a OIML R16-1.
Sociedad Europea de hipertensión (ESH por sus siglas en inglés)	Añadió ciertos requisitos específicos para determinar la fiabilidad de los
(_c.r.pc.casec.gasec.mg.cc)	esfigmomanómetros en un grupo de pacientes y que deben cumplirse para poder recomendar dichos dispositivos
La Unión Europea	EN 1060-Part IV. Exige la obtención del sello de calidad, un reconocido galardón que cuenta con la homologación de la Liga Alemana contra la Hipertensión. La base para la prueba clínica es el DIN EN 540, ampliado con más requisitos relacionados, por ejemplo, con la selección del observador y la evaluación de los resultados.
La Fluke, Universidad de Vermont	Protocolos de pruebas de desempeño
	basados en: 1.Mantenimientos preventivos 2. inspección interna
	3. Normalización (IEC 60601)

La mayoría de los protocolos comparados, son protocolos del mismo tipo de tecnología, donde en cada uno de ellos, se logra evidenciar mejoras en las especificaciones técnicas. También se presentan protocolos basados en normas estandarizadas de seguridad eléctrica y verificación de especificaciones recomendadas por el fabricante.

Este tipo de protocolos son sumamente variables dependiendo de la característica específica y funcionamiento por cada uno de los tipos de tecnología médica existente.

5.2. Objetivo #2: Diseñar la estructura organizativa y documental del laboratorio GIBIC para realización de pruebas de desempeño bajo el cumplimiento de las normas aplicables.

Para definir la estructura organizativa en el laboratorio del grupo GIBIC, se tuvo en cuenta la capacidad de personal con el que este cuenta para trabajar. En la figura 5.1 se presenta el organigrama con el personal mínimo que debe tener, teniendo como referencia la norma NTC/ISO/IEC 17025:2017.

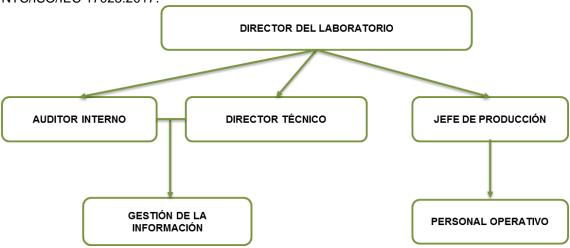


Figura 5.1. Organigrama del laboratorio del grupo GIBIC, fuente propia

Definición de responsabilidades en el laboratorio de evaluación de desempeño de tecnología médica.

Director Técnico: Es el responsable del funcionamiento del laboratorio ante la dirección, encargado de documentar todos los procesos realizados en este, recepción de tecnología, almacenamiento, etiquetado, pruebas de desempeño, y despacho de la tecnología médica, depende del director del laboratorio.

Auditor interno: encargado de vigilar los procesos realizados en el laboratorio, que se dé cumplimiento a las normas Norma 17025:2005, requisitos generales para la competencia de los laboratorios de Ensayo y de Calibración[24], ISO/13485:2016 Gestión de calidad para tecnología médica[47]. Y la resolución 4002 (2007) Almacenamiento y acondicionamiento de tecnología médica [29].

Personal de gestión de la información: Encargado de adquisición, organización, almacenamiento, recuperación y diseminación de los recursos de información que se generan y utilizan en la organización

Jefe de producción: Éste depende directamente del director técnico, con funciones a cargo como: planificar los recursos humanos, técnicos y administrativos de acuerdo con la dirección de calidad, es el responsable de la formación continua, en materia de ensayos, planificación y dirección de las auditorías internas y reuniones de revisión del sistema de calidad del laboratorio, es el máximo responsable de la implantación y mantenimiento de la norma aplicadas, da la conformidad a los protocolos de pruebas y reporta al director de calidad los resultados, planifica y ejecuta las recepciones con los clientes, mantiene actualizado el plan de mantenimiento y calibración de los equipos utilizados en el laboratorio para realizar las pruebas de desempeño, planifica las pruebas según los plazos de entrega solicitados por los clientes, mantiene en vigor el cumplimiento de la norma, revisa los procedimientos y métodos de las pruebas de desempeño, así como los resultados de los mismos, colabora en la formación del personal operativo que realiza las pruebas de desempeño.

Personal operativo: Es el encargado de realizar las funciones de clasificación de tecnología médica según las pruebas de desempeño a realizar, ejecutan las pruebas según las normas y procedimientos establecidos aplicando los protocolos, mantienen y conservan los equipos destinados para las pruebas, presentan informes de las no conformidades de la tecnología al jefe de producción, vela por mantener los equipos, áreas de pruebas de desempeño y lugares de recepción y almacenamiento de tecnología médica con una adecuada limpieza.

Estructura documental del laboratorio de evaluación de desempeño de tecnología médica.

La actividades a realizar en el laboratorio son las de evaluar el desempeño, la gestión de calidad y el almacenamiento y acondicionamiento de la tecnología médica, por lo tanto se debe dar cumplimiento a Norma 17025:2005, requisitos generales para la competencia de los laboratorios de Ensayo y de Calibración[24], ISO/13485 (2016) Gestión de calidad para tecnología médica[47]. Los cuales deben estar totalmente documentados.

Requisitos de gestión

En el caso en que la coordinación técnica conste de más de una persona, es necesario especificar las funciones y responsabilidades de cada uno de los miembros que componen la coordinación técnica.

- ✓ Revisiones de los pedidos.
- ✓ Ofertas y contratos: con respecto o cuando un cliente solicite las pruebas dentro del alcance del laboratorio, es un requisito implícito que los informes / certificados emitidos estén soportados por la documentación del personal técnico que los realiza, para así demostrar idoneidad de personal y se debe dejar constancia de la aceptación de los términos contratados por el cliente para todo tipo de contrato, ya sea por escrito o de palabra.
 - **Control de los registros:** Los registros deberán conservarse en el laboratorio por un periodo determinado para tener los soportes de cualquier tipo de mejora que se realice y poder garantizar el cumplimiento de los requisitos de la NTC 17025:2005 al menos, durante 3 años o, en su caso, el periodo que establezcan otras disposiciones aplicables.
- ✓ Auditorías internas: Las auditorías internas se llevarán a cabo, al menos, una vez al año.
- ✓ Revisiones por la dirección: El sistema de calidad adoptado por el laboratorio será revisado, al menos, una vez al año. Para identificar la buena aplicación del sistema y realizar mejoras que se requieran.

El laboratorio del grupo GIBIC también será encargado de realizar la validación y todo el acondicionamiento físico y etiquetado de las innovaciones propias, por lo que debe implementar los siguientes lineamientos[29].

- ✓ Planificación del diseño y desarrollo: El laboratorio debe planificar, controlar el diseño y desarrollo de las evaluaciones de la tecnología durante las etapas de revisión, verificación y pruebas de desempeño.
- ✓ Resultados del diseño y desarrollo (Tecnología en pre mercado) Los resultados de las evaluaciones realizadas deben proporcionarse de tal manera que permitan la verificación y aprobación del personal de calidad antes de emitir el informe.
- ✓ Verificación del diseño y desarrollo (Tecnología en pre mercado)
 Se debe realizar la verificación de acuerdo con la función especificada por el fabricante del prototipo para asegurarse que los resultados del diseño y desarrollo cumplen los requisitos establecidos. Debe mantenerse registros de los resultados en la sección de

mediciones del protocolo diseñado para las pruebas de la verificación en el formato establecido para la toma de datos.

Requisitos específicos para el almacenamiento y acondicionamiento de tecnología médica. (Tecnología en pre-pos mercado)

Aspectos generales

Se realiza la inspección inicial de la tecnología médica en el momento de su recepción y se deja la evidencia documental correspondiente establecido como lista de chequeo. La tecnología médica debe contar con los respectivos certificados de calidad o certificados de conformidad proporcionados por los fabricantes, los cuales deben estar disponibles en archivos físicos o medios electrónicos.

El laboratorio debe contar con un protocolo para el control y distribución de la tecnología almacenada, la cual debe permitir su fácil y rápida localización. Esta debe ser almacenada en las condiciones establecidas por el fabricante, el acceso a las áreas de almacenamiento debe restringirse a las personas autorizadas.

Como resultado de la visita de verificación realizada al laboratorio y comprobando los lineamientos exigidos por las norma NTC/ISO 17015:2005 se evidenció que las instalaciones están ubicadas, diseñadas, construidas, adaptadas, demarcadas, identificadas y mantenidas apropiadamente para las operaciones que se realizan en ellas; garantizando la minimización de los riesgos, permitiendo la adecuada limpieza, mantenimiento, orden, evitando la acumulación de agentes contaminantes en general y toda condición que pueda influir negativamente en la calidad de la tecnología. Cuando los procesos y el tipo de tecnología lo ameriten, las áreas deben estar separadas, delimitadas físicamente y se debe disponer en cada una, exclusivamente de los elementos destinados para desarrollar las labores propias de las mismas.

Su ubicación y funcionamiento no debe generar riesgo para la salud de las personas que habitan en edificaciones circundantes o aledañas.

Condiciones externas (Resultado de auditoria)

Se deben realizar algunos cambios correctivos como recuperación de grietas y revoques en las paredes y baldosas para que las edificaciones no presenten deterioro alguno, que pudieran afectar a la tecnología.

Condiciones internas

Se verificó que las paredes, pisos y techos de las áreas donde se realizan actividades no tienen grietas, ni humedad.

Zonas y/o áreas específicas del laboratorio

Recepción (Tecnología en pre-pos mercado)

Esta cuenta con el espacio adecuado y elementos necesarios para permitir la revisión previa de la tecnología antes de su ingreso, tiene un área destinada para esto con los formatos para verificación visual y funcional de la tecnología. Ver Figura 5.2. Área de recepción de tecnología





Figura 5.2. Área de recepción de tecnología, fuente propia

Zona de etiquetado (Tecnología en pre mercado)

Dispone de una zona definida, que cuenta con personal capacitado para el desarrollo las actividades de esta zona.

Los materiales y elementos destinados para el rotulado, tales como etiquetas y rótulos adhesivos autorizados por el INVIMA, deben ubicarse en una zona segura y dispuesta exclusivamente para tal fin.

Zona de empaque (Tecnología en pre mercado)

El laboratorio cuenta con una zona para el alistamiento, acondicionados en su empaque secundario o embalaje final.

Área de almacenamiento (Tecnología en pre-pos mercado)

El laboratorio cuenta con áreas de almacenamiento con divididas o separadas (para tecnología médica aprobada para el despacho, tecnología para demostraciones y capacitación a usuarios, tecnología médica en cuarentena y tecnología médica retirada y devuelta o rechazada) dispuestas tanto física como funcionalmente, de acuerdo con el tipo de tecnología médica almacenada y debe ubicarse de forma independiente, en el caso de que el fabricante lo requiera. La tecnología médica almacenada se deben identificar por zonas, especificando su estado de calidad dentro del proceso de almacenamiento y evaluación de pruebas de desempeño (aprobados, rechazados, cuarentena, retirados, devueltos o en demostración).

La tecnología médica debe disponerse sobre estibas, estanterías u otro sistema que evite el contacto directo con el piso y paredes. Además, deben ubicarse de forma tal que no se afecte su integridad. Ver Figura 5.3.



Figura 5.3. Área de almacenamiento, fuente propia

Área de pruebas de desempeño (Tecnología en pre-pos mercado)

Se debe disponer de una zona definida, con espacio suficiente, la cual debe contar con personal capacitado, y equipos para desarrollar las prueba de desempeño. Los equipos a utilizar en esta área deben ser totalmente trazables y tener la periodicidad de actividades de mantenimiento preventivo y calibración correctamente. A continuación en la Figura 5.4. Área de pruebas de desempeño se puede observar esta área.



Figura 5.4. Área de pruebas de desempeño, fuente propia

Área de saneamiento e higiene

Deben garantizarse las condiciones higiénicas y sanitarias de las áreas e implementar y documentar los protocolos de limpieza que incluyan equipos, materiales, métodos, sustancias que se van a utilizar, métodos para protección de tecnología contra la contaminación durante la permanencia de esta en el laboratorio, debe haber un personal designado para el aseo.

En las áreas de almacenamiento y/o acondicionamiento que lo requieran, debe realizarse rotación de desinfectantes. El programa de saneamiento e higiene debe contemplar:

Instrucciones al personal sobre prácticas de higiene, así como instrucciones de trabajo. Exámenes médicos al personal del área de almacenamiento y/o acondicionamiento, antes de ser contratado y periódicamente, durante el tiempo de empleo, para garantizar un apropiado estado de salud.

El laboratorio dota la bata de laboratorio para el trabajo a sus empleados de acuerdo con la actividad que estos desempeñen, incluyendo aquellos para uso de visitantes, empleados temporales y demás. Para asegurar la protección contra la contaminación, la dotación debe ser adecuada para las labores que se realizan, de acuerdo con la actividad desempeñada y el riesgo que esta represente.

El personal permanece con su dotación en las áreas de almacenamiento y/o acondicionamiento. En las áreas de almacenamiento y/o acondicionamiento o en cualquier otra área por la que circule la tecnología médica, no se podrán mantener o guardar plantas o animales. Ver figura 5.5.



Figura 5.5. Saneamiento e higiene, fuente propia.

Zona de despacho (Tecnología en pre-pos mercado)

El laboratorio cuenta con una zona para la ubicación de la tecnología lista para despacho. Debe disponerse de los elementos necesarios para llevar a cabo el proceso y proporcionar las condiciones de humedad y temperatura adecuadas.

5.3. Objetivo #3 Capacidad operativa laboratorio de evaluación de desempeño de tecnología médica.

Instalaciones y condiciones ambientales.

En el laboratorio de evaluación de desempeño del grupo GIBIC es preciso disponer de un sistema de registro continuo de las condiciones ambientales que afecten a los resultados de las pruebas de desempeño.

Equipos

Los equipos para evaluación de las pruebas de desempeño de la tecnología médica, deben tener cronograma de actividades de mantenimiento preventivo y calibraciones con documentación soportada. El laboratorio cuenta con los siguientes equipos para evaluación. Ver Figura 5.6

- 1. Analizador de desfibriladores
- 2. Analizador de electrobisturí
- 3. Analizador de flujo de gases
- 4. Analizador de seguridad eléctrica
- 5. Pozo seco de campo
- 6. Manómetro de precisión
- 7. Osciloscopio biomédico
- 8. Simulador de pulsoximetria
- 9. Simulador de signos vitales
- 10. Tacómetro
- 11. Termómetro



Figura 5.6. Equipos para evaluación, fuente propia.

Los anteriores equipos pertenecientes del grupo GIBIC son aptos para analizar magnitudes propias de la tecnología médica como potencia, flujo, temperatura, precisión, oximetría, presión, frecuencia cardíaca, revoluciones por minuto, equipo de seguridad eléctrica. Todos aptos para realizar pruebas de seguridad de desempeño.

5.4. Objetivo #4 Diseño del modelo de gestión

Para el diseño del modelo de gestión del laboratorio del grupo GIBIC se tuvo en cuenta la estructura organizativa, la capacidad operativa con la que cuenta el grupo de investigación GIBIC y los lineamientos de las normas aplicables.

5.4.1. Modelo de gestión del laboratorio del grupo GIBIC, sede oriente Introducción

El laboratorio del grupo GIBIC, sede oriente presta servicios de pruebas de desempeño de tecnología médica, estas pruebas son decisivas, para validar el cumplimiento de especificaciones dadas por el fabricante y las normatividades nacionales e internacionales para regulaciones de comercialización y uso seguro[32][34].

El modelo de gestión del laboratorio da cumplimiento a los estándares de calidad y a los requisitos mínimos para alcanzar una certificación en la resolución 4002 del Ministerio de Salud y Protección social, por la cual se adopta el manual de requisitos de capacidad de Almacenamiento y/o Acondicionamiento para Dispositivos Médicos.

Este proceso demuestra de una forma efectiva las competencias técnicas, dando credibilidad de los servicios que ofrece. Para alcanzar dicha certificación se debe tener la documentación del sistema de gestión de calidad, especificando la estructura organizativa, documental y de capacidad del laboratorio, documentar el protocolo para la evaluación de desempeño de la tecnología médica con sus procedimientos de ensayo donde se describa la secuencia de operaciones y métodos aplicados; incluyendo las trazabilidad de los equipos utilizados para estas evaluaciones y las capacitaciones realizadas sobre los procesos al personal del laboratorio.

En la Figura 5.7. Se muestra el diseño del modelo de gestión del laboratorio con las normativas que se tuvieron en cuenta[24][47].



Figura 5.7. Modelo de gestión del laboratorio de grupo GIBIC, fuente propia.

5.4.2 Estructura organizativa del laboratorio de evaluación de desempeño de tecnología médica.

Para definir la estructura organizativa en el laboratorio del grupo GIBIC, se debe tener en cuenta la capacidad de personal con el que este cuenta para trabajar. Esto se define de acuerdo al personal que el grupo GIBIC destine para este fin. El personal debe tener un alto compromiso y conocimiento certificado para dar cumplimiento a los lineamientos establecidos para el correcto funcionamiento del laboratorio.

Las opiniones e interpretaciones de los informes serán objeto del personal capacitado del laboratorio elegido directamente por la dirección del laboratorio Numeral 5.2.5 de la NTC/ISO/IEC 17025:2005

El laboratorio debe disponer de suficiente personal con la adecuada competencia técnica como para garantizar que se realiza una supervisión eficaz del personal contratado.

Dentro del "personal directivo, técnico y auxiliar se incluye también personal con responsabilidad en las pruebas de desempeño, en la gestión de la calidad del laboratorio y en la validación de dichas pruebas [24].

5.4.3. Definición de responsabilidades en el laboratorio de evaluación de desempeño de tecnología médica.

Director técnico: Es el responsable del funcionamiento del laboratorio ante la dirección, encargado de documentar todos los procesos realizados en este, recepción de tecnología, almacenamiento, etiquetado, pruebas de desempeño, y despacho de la tecnología médica, depende del director del laboratorio.

Auditor interno: encargado de vigilar los procesos realizados en el laboratorio, que se dé cumplimiento a las normas NTC-ISO 17025:2005, 13485:2016 y la resolución 4002[24][47].

Personal de gestión de la información: Encargado de adquisición, organización, almacenamiento, recuperación y diseminación de los recursos de información que se generan y utilizan en la organización

Jefe de producción: Éste depende directamente del responsable de calidad, con funciones a cargo como:

Planificar los recursos humanos, técnicos y administrativos de acuerdo con la dirección de calidad, es el responsable de la formación continua, en materia de ensayos, planificación y dirección de las auditorías internas y reuniones de revisión del sistema de calidad del laboratorio, es el máximo responsable de la implantación y mantenimiento de la norma aplicadas, da la conformidad a los protocolos de pruebas y reporta al director de calidad los resultados, planifica y ejecuta las recepciones con los clientes, mantiene actualizado el plan de mantenimiento y calibración de los equipos utilizados en el laboratorio para realizar las pruebas de desempeño, planifica las pruebas según los plazos de entrega solicitados por los clientes, mantiene en vigor el cumplimiento de la norma, revisa los procedimientos y métodos de las pruebas de desempeño, así como los resultados de los mismos, colabora en la formación del personal operativo que realiza las pruebas de desempeño.

Personal operativo: Es el encargado de realizar las funciones de clasificación de tecnología médica según las pruebas de desempeño a realizar, ejecutan las pruebas según las normas y procedimientos establecidos aplicando los protocolos, mantienen y conservan los equipos destinados para las pruebas, presentan informes de las no conformidades de la tecnología al jefe de producción, vela por mantener los equipos, áreas de pruebas de desempeño y lugares de recepción y almacenamiento de tecnología médica con una adecuada limpieza.

5.4.4. Estructura documental

La actividades a realizar en el laboratorio son las de evaluar el desempeño, la gestión de calidad y el almacenamiento y acondicionamiento de la tecnología médica, por lo tanto se respetan los siguientes lineamientos de la NTC-ISO 17025:2005, ISO 13485 y la resolución 4002[24][47]. Los cuales se encuentran totalmente documentados.

5.4.4.1. Requisitos de gestión

Revisiones de los pedidos, ofertas y contratos; cuando un cliente solicita las pruebas dentro del

alcance del laboratorio, es un requisito implícito que los informes/ certificados emitidos estén soportados por la documentación del personal técnico que los realiza, para así demostrar idoneidad de personal.

5.4.4.2. Control de los registros

Los registros se conservan al menos, durante 5 años o, en su caso, el periodo que establezcan otras disposiciones aplicables.

5.4.4.3. Auditorías internas

Las auditorías internas se llevarán a cabo, al menos, una vez al semestre.

5.4.4.4. Revisiones por la dirección

El sistema de calidad adoptado por el laboratorio será revisado, al menos, una vez al semestre inicialmente.

5.4.4.5. Planificación del diseño y desarrollo

El laboratorio planifica y controla el diseño y desarrollo del producto, las validaciones apropiadas para cada una de sus etapas, también establece procedimientos documentados.

5.4.4.6. Resultados del diseño y desarrollo (Tecnología en pre mercado)

Los resultados del diseño y desarrollo se proporcionan de tal manera que permitan la verificación respecto a los elementos de entrada para el diseño y desarrollo, y se aprueban antes de su liberación.

5.4.4.7. Verificación del diseño y desarrollo (Tecnología en pre mercado)

Se realiza la verificación, de acuerdo con lo planificado para asegurarse de que los resultados del diseño y desarrollo cumplen los requisitos de los elementos de entrada del diseño y desarrollo. Se mantienen los registros de resultados de la verificación y de cualquier acción que sea necesaria.

5.4.5. Requisitos específicos para el almacenamiento y acondicionamiento de tecnología Médica.

5.4.5.1. Aspectos generales (Tecnología en pre-pos mercado)

Se realiza la inspección inicial de la tecnología médica e insumos en el momento de su recepción y se deja la evidencia documental correspondiente. La tecnología médica cuenta con los respectivos certificados de calidad o certificados de conformidad proporcionados por los fabricantes, los cuales se encuentran disponibles en archivos físicos o medios electrónicos.

El laboratorio cuenta con un sistema funcional para el control y distribución de tecnología médica almacenada, la cual permite su fácil y rápida localización. La tecnología médica se almacena en las condiciones establecidas por el fabricante, el acceso a las áreas de almacenamiento se restringirse a las personas autorizadas.

5.4.5.1.1. Instalaciones

Las instalaciones son apropiadas para las operaciones que se realizan en ellas, su ubicación y funcionamiento no generan riesgo para la salud de las personas que habitan en edificaciones circundantes o aledañas.

5.4.5.1.2. Condiciones externas

Se realizaron algunos cambios correctivos para que las edificaciones no tuvieran deterioro alguno, que pudieran afectar a la tecnología.

Condiciones internas

Las paredes, pisos y techos de las áreas donde se realizan actividades permanecen en buen

estado, sin grietas ni humedad, con características de diseño y construcción adecuadas, que no afectan la calidad de la tecnología médica mientras esta permanezca en ellas.

5.4.6. Zonas y áreas específicas del laboratorio

5.4.6.1. Recepción (Tecnología en pre-pos mercado)

Esta cuenta con suficiente espacio y elementos necesarios para permitir la revisión previa de la tecnología médica antes de su ingreso al laboratorio.

5.4.6.2. Zona de etiquetado (Tecnología en pre mercado)

Dispone de una zona definida, con espacio suficiente y cuenta con personal capacitado para el desarrollo las actividades, los materiales y elementos.

5.4.6.3. Zona de empaque (Tecnología en pre mercado)

El laboratorio cuenta con una zona para el alistamiento de la tecnología médica acondicionada para su empaque secundario o embalaje final.

5.4.6.4. Área de almacenamiento (Tecnología en pre-pos mercado)

El laboratorio cuenta con áreas de almacenamiento con capacidad suficiente, divididas (para tecnología médica aprobada para el despacho, demostraciones, capacitación a usuarios, en cuarentena y tecnología retirada y devuelta o rechazada) dispuestas tanto física como funcionalmente, de acuerdo con el tipo de tecnología médica almacenada se ubica de forma independiente, en el caso de que el fabricante lo requiera.

La tecnología médica es almacenada, se identifica por zonas, especificando su estado de calidad dentro del proceso de almacenamiento y evaluación de pruebas de desempeño (aprobados, rechazados, cuarentena, retirados, devueltos o en demostración)

La tecnología médica se coloca sobre un sistema que evite el contacto directo con el piso y paredes como estibas, estanterías u otro. Además, deben ubicarse de forma tal que no se afecte su integridad.

5.4.6.5Área de Pruebas de desempeño (Tecnología en pre-pos mercado)

Se dispone de una zona definida, con espacio suficiente, la cual cuenta con personal capacitado, y equipos para desarrollar las prueba de desempeño. Los equipos a utilizar en esta área son totalmente trazables y tienen la periodicidad de actividades de mantenimiento preventivo y calibración correctamente.

5.4.7. Capacidad operativa laboratorio de evaluación de desempeño de tecnología médica.

5.4.7.1. Instalaciones y condiciones ambientales.

En el laboratorio de evaluación de desempeño del grupo GIBIC es preciso disponer de un sistema de registro continuo de las condiciones ambientales que afecten a los resultados de las pruebas de desempeño.

5.4.7.2. Equipos

Los equipos para evaluación de las pruebas de desempeño de la tecnología médica, deben tener cronograma de actividades de mantenimiento preventivo y calibraciones con documentación soportada. El laboratorio cuenta con los siguientes equipos para evaluación.

- Analizador de desfibriladores
- Analizador de electrobisturí
- Analizador de flujo de gases
- Analizador de seguridad eléctrica
- Bloque seco de temperatura
- Manómetro de precisión
- Osciloscopio biomédico

- Simulador de pulsoximetria
- Simulador de signos vitales
- Tacómetro
- Termómetro

5.5. Objetivo #5 Diseñar y validar los protocolos de desempeño necesarios para evaluación de tecnología médica en pre y pos mercado dentro del alcance de la capacidad operativa del laboratorio. Monitores de signos vitales, medición de presión flexible, desfibrilación y seguridad eléctrica.

5.5.1. Diseño de protocolo

Por medio del estudio de los protocolos de evaluación de tecnología médica encontrados en la revisión bibliográfica, se concluye que para diseñar dichos protocolos se debe realizar una descripción general del equipo bajo prueba, clasificación de riesgo frente al paciente y la clasificación a nivel de seguridad eléctrica[46].

Para el diseño de los protocolos de evaluación de tecnología médica se tuvo en cuenta la capacidad operativa del laboratorio, ya que según los equipos de evaluación con los que cuenta, se diseñaron el tipo de pruebas a realizar y el acceso a la documentación normativa que tiene la Universidad de Antioquia para referenciar dicho protocolo.

Para el diseño de protocolo se buscó que fuera general para cada tipo de tecnología e incluyera un número de pruebas para su evaluación.

El diseño del protocolo propuesto contiene las siguientes secciones:

Identificación única del equipo: Contiene la marca, modelo, serie, placa, propietario de la tecnología médica.

Inspección visual: Se realiza una inspección visual del equipo en cuanto a todos sus partes y accesorios. Verificando estado y operatividad según las especificaciones dadas por el fabricante.

Pruebas eléctricas: Las pruebas eléctricas se realizan con el fin de garantizar el buen funcionamiento de la tecnología médica y para asegurar la protección del paciente, debido a que un accidente eléctrico con un equipo médico puede dañar tejidos u órganos. Las medidas de seguridad eléctricas para estos, están enfocadas en prevenir la fibrilación y otras anomalías menores. Las normas de seguridad eléctrica requieren que las corrientes que puedan tener contacto con el paciente sean mínimas. La NTC IEC60601 es la norma que debe ser de obligatorio cumplimiento para garantizar la seguridad eléctrica de los equipos médicos[3].

Identificación de magnitudes según función del equipo: Se define magnitud con unidad de medida, resolución y rango de medición. El análisis de las magnitudes se debe hacer con un equipo de referencia totalmente trazable, estableciendo los puntos críticos según el fabricante. En la Tabla 5.4 se observan las magnitudes propias de la tecnología médica[18].

Tabla 5.4.	Magnitudes	propias	de la	tecnolog	ía médica.

MAGNITUD	NOMBRE	SÍMBOLO	INTERVALO DE MEDIDA
Energía	Joule	J	20 J -180 J
Frecuencia cardíaca	pulsaciones por minuto	bpm	30 bpm - 200 bpm
Humedad relativa	%Humedad relativa	%HR	45%HR - 75%HR
Temperatura	grados celsius	°C	15 °C - 45 °C
Peso	Kilogramo	kg	0 kg -115 kg / 0 kg - 35 kg
Presión	milímetros de mercurio	mmHg	60 mmHg -180 mmHg
Saturación de oxígeno	Saturación de oxígeno	%SPO2	70%-100%
Volumen/flujo	mililitros por hora	ml/h	400 ml/h - 90 ml/h/ 30 ml/h-100 ml/h

Pruebas de software: Teniendo en cuenta que el software está incorporado en la tecnología a evaluar se definen las pruebas de seguimiento [37].

Pruebas de usabilidad: Con estas, se verifica que el equipo sea fácil de usar para el personal que lo va a utilizar. Estas pruebas se realizan posteriormente de una capacitación de manejo del equipo. Tomando como referencia el tiempo utilizado por la persona experta en la operatividad del equipo[48].

Pruebas de alarma: Verificación funcional de pruebas de alarmas visuales, audibles[49]. **Pruebas de carcasa:** El equipo debe estar protegido por una carcasa para proteger las partes eléctricas y electrónicas por lo que se debe realizar las siguientes pruebas:

Impacto: Se realiza estudiando el tipo de impacto sometiendo el equipo a choques en diferentes alturas (opcional).

Prueba de agua: Se realiza el funcionamiento del equipo antes y después de sumergirlo en agua.

Prueba de contaminación por fluidos: Se expone el equipo a solventes, líquidos de limpieza, desinfectantes durante determinado tiempo (2 horas) para observar el deterioro de la carcasa[38]. (Estas pruebas solo son realizadas a prototipos).

Informe de pruebas

La ISO/IEC 17025:2005 establece la obligatoriedad de presentar un informe de ensayo de la tecnología médica, especificando el resultado obtenido de las pruebas realizadas.

Contenido del informe

- 1 Descripción de equipo bajo prueba
- 2 Descripción de pruebas realizadas
- 3 Análisis de los datos medidos
- 4 Observaciones

5.5.2. Validación de protocolo

La validación se realizó en diferentes tipos de tecnología. Inicialmente se realizaron pruebas de seguridad eléctrica en una autoclave y una cámara hiperbárica de fabricantes nacionales, dichas pruebas solicitadas por el mismo fabricante a la Universidad de Antioquia. Las tecnologías como: monitores de signos vitales, desfibriladores, ventilador mecánico y unidad de electrocirugía fueron elegidas por la disponibilidad de las mismas para realizarles las pruebas y el prototipo de la manta anti escaras por ser una innovación propia del grupo GIBIC.

Dicha validación del protocolo se realizó con el fin de establecer una evidencia documentada para proporcionar un alto grado de seguridad sobre estado de funcionamiento de la tecnología médica.

5.5.2.1. Monitor de signos vitales

Monitor de signos vitales # 1

Descripción de equipo

Un monitor de signos vitales, es un equipo médico que permite realizar mediciones de parámetros fisiológicos del ser humano, para determinar diferentes anormalidades en su salud. El monitor de signos vitales, permite realizar la medición de parámetros como frecuencia cardíaca, presión no invasiva y saturación de oxígeno[50][51].

Este equipo tiene magnitudes de presión (NIBP) y frecuencia cardíaca (ECG)

Fecha de realización de la prueba: 27 de Octubre de 2018

Propietario: IPS Universitaria León XIII

Lugar de realización de prueba: Medellín, carrera 51 No 42-62

Nombre del equipo: Monitor de signos vitales

Marca: XXXX Modelo: XXXX Serie: XXXX Placa: XXXX

Clasificación de riesgo frente al paciente: Ila

Fuente de alimentación: si X no ____

Alcance: desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

(La identificación única del equipo no se revela para proteger la confiabilidad de fabricante del funcionamiento de la tecnología)

Descripción de pruebas

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.5. Identificación de partes y/o accesorios

Inspección visual	Bueno	Malo	Observaciones
Alarmas	Х		
Batería	Х		
Brazalete	Х		
Cable de ECG	Х		
Sensor de SPO2	Х		
Botón de encendido/ Apagado	Х		
Chasis del equipo	Х		

Enchufe de red y base de enchufe	Х	
Interruptores	Х	
Fusibles	Х	
Terminales y conectores	Х	

Inspección de aspectos funcionales	Tiene	No tiene	Observaciones
Indicadores y displays	Х		
Alarmas	Х		
Respuesta a 1 mV	Х		
Señales audibles	Х		

Prueba de seguridad eléctrica.

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

CLASIFICACIÓN ELÉCTRICA DEL EQUIPO: Clase II tipo BF

Tabla 5.6. Fluctuaciones de voltaje

Variable	Rango permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Voltaje	±10% del valor nominal (110 V)	112,42	Х		
Frecuencia	1 Hz (0-100 Hz) o 1% (100-1000 Hz)	60 Hz	Χ		

Prueba límite de tensión.

Tabla 5.7. Pruebas de limitación de tensión

Variable	Rango permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Impedancia	< 0,2 Ω	0,018	Χ		

Prueba de corrientes de fuga.

Tabla 5.8. Pruebas de corrientes de fuga

rabia 5.6. Pruebas de comentes de ruga						
Condición		Tipo CF Límite establecido (μΑ)	Medida (µA)	Pasa	No Pasa	No Registra
	Condición primer					
	defecto neutro	1000	105,3	Х		
	abierto					
Corriente de fuga a	Condición primer					
tierra	defecto polaridad	1000	0,02	Х		
	invertida					
	Condición normal	500	0,02	Х		
Corriente de fuga a	Condición primer					
carcasa	defecto tierra	500	111,5	Χ		
	abierta					

	Condición primer defecto neutro abierto	500	0,02	Х	
	Condición primer defecto polaridad invertida	500	0,02	х	
Corriente de fuga a paciente	Condición normal paciente	10	0	Х	
Corriente de fuga a paciente	Condición primer defecto tierra abierta	50	0	Х	
	Condición primer defecto neutro abierto	50	0	Х	

Identificación de magnitudes

Se realizan 3 mediciones con respecto al valor de referencia indicado, obteniendo el promedio de las mediciones para hallar el porcentaje de error de cada magnitud.

Equipo de referencia utilizado para la medición: simulador de paciente Fluke promsim8

Magnitud: Presión no invasiva (NIBP)

Unidad de medida: mmHg

Rango de medición: Sistólica (90 mmHg- 180 mmHg); diastólica (60 mmHg- 120 mmHg)

Error máximo permitido según el fabricante: ± 3 mmHg

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.9. Medición de presión no invasiva (NIBP)

	Medición de presión no invasiva (NIBP)								
Presiones	nes Valor de Lectura de Medición referencia			Promedio de lecturas	Error				
	[mmHg]	Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3	10014140				
Sistólica	90	90,0	90,0	91,9	90,6	0,6			
Diastólica	60	60,0	60,0	60,0	60,0	0,0			
Sistólica	120	120,2	120,0	120,0	120,1	0,0			
Diastólica	90	89,5	90,0	90,0	89,8	-0,2			
Sistólica	150	149,5	150,0	150,0	149,8	-0,2			
Diastólica	110	110,0	110,0	110,0	110,0	0,0			
Sistólica	180	178,6	180,0	180,0	179,5	-0,5			
Diastólica	120	120,0	120,0	120,0	120,0	0,0			
Sistólica	200	200,0	200,0	200,0	200,0	0,0			
Diastólica	160	160,0	160,0	160,0	160,0	0,0			

Equipo de referencia utilizado para la medición: simulador de paciente Fluke promsim8

Magnitud: Frecuencia cardíaca (ECG). Ver Tabla VI

Unidad de medida: bpm

Rango de medición: 20 bpm- 200 bpm

Error máximo permitido según el fabricante: ± 3 bpm

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.10. Medición de frecuencia cardíaca

	Medición de frecuencia cardíaca (EKG)									
N	Valor de referencia	Lect	ura de Med	lición	Promedio de	Error				
1	[bpm]	Lectura	Lectura	Lectura	lecturas					
		1	2	3						
1	20	20	20	20	20	0				
2	40	40	40	40	40	0				
3	60	60	60	60	60	0				
4	80	80	80	80	80	0				
5	100	100	100	100	100	0				
6	120	120	120	120	120	0				
7	140	140	140	140	140	0				
8	160	160	160	160	160	0				
9	180	180	180	180	180	0				
10	200	200	200	200	200	0				

Pruebas de software.

Especificación de variables:

Presión (NIBP) 60 mmHg- 180 mmHg Frecuencia cardíaca (ECG) 30 bpm-200 bpm

Tabla 5.11.Prueba de Software

Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de			
seleccionado una opción	Х		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Pruebas de alarmas.

Tabla 5.12.Prueba Alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo	Х		
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)	Х		
Desconexión de accesorios	Х		
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado	Х		

Pruebas de usabilidad.

Tabla 5.13.Prueba de usabilidad

FUNCIONAMIENTO GENERAL DEL EQUIPO					
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones		
Tiempo de utilización	Х				
Facilidad en el aprendizaje de utilización	Х				
Facilidad del sistema para ser recordado	Х				
Correcta ubicación de sensores, cables, accesorios	Х				

OBSERVACIONES

La inspección visual del equipo bajo prueba en cuanto a partes y accesorios, pruebas de software y usabilidad fue satisfactoria.

Las mediciones de voltaje y tensión realizadas al equipo bajo prueba se obtuvieron valores en el rango permitido según la norma; valores de voltaje dentro de valor permitido y un valor de impedancia menor a $0,2~\Omega$, por lo tanto se puede afirmar que no tiene anomalías en fluctuaciones de voltaje y tensión.

En las mediciones de corrientes de fuga todos los valores medidos se encuentran en el rango permitido según la IEC 60601-1.

Los parámetros evaluados del equipo bajo prueba fueron, frecuencia cardíaca y presión no invasiva, debido a que el equipo por ser modular solo tiene activo los módulos correspondientes a los parámetros descritos.

Para para la presión no invasiva se obtuvo un error máximo de 0,6 mmHg < 3 mmHg (Error máximo permitido por el fabricante), para la frecuencia cardíaca, se obtuvo un error máximo de 0,0 bpm < 3 bpm (Error máximo permitido por el fabricante) y esto indica que el equipo se encuentra funcionando en los valores adecuados descritos por el fabricante en cuanto a sus parámetros de presión y frecuencia cardíaca.

5.5.2.2. Monitor de signos vitales # 2

Descripción de equipo

Un monitor de signos vitales, es un equipo médico que permite realizar mediciones de parámetros fisiológicos del ser humano, para determinar diferentes anormalidades en su salud. El monitor de signos vitales, permite realizar la medición de parámetros como frecuencia cardíaca, presión no invasiva y saturación de oxígeno[50][51].

Este equipo tiene magnitudes de presión (NIBP) y frecuencia cardíaca (ECG)

Fecha de realización de la prueba: 27 de Octubre de 2018

Propietario: IPS Universitaria León XIII

Lugar de realización de prueba: Medellín, carrera 51 No 42-62

Nombre del equipo: Monitor de signos vitales

Marca: XXXX Modelo: XXXX Serie: XXXX Placa: XXXX

Clasificación de riesgo frente al paciente: Ila

Fuente de alimentación: si X no ____

Alcance: desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

(La identificación única del equipo no se revela para proteger la confiabilidad de fabricante del funcionamiento de la tecnología)

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.14. Identificación de partes y/o accesorios

Inspección visual	Bueno	Malo	Observaciones
Alarmas	Х		
Batería	Х		
Brazalete	Х		
Cable de ECG	Х		
Sensor de SPO2	Х		
Botón de encendido/ Apagado	Х		
Chasis del equipo	Х		
Enchufe de red y base de enchufe	Х		
Interruptores	Х		
Fusibles	Х		
Terminales y conectores	Х		
Inspección de aspectos funcionales	Tiene	No tiene	Observaciones
Indicadores y displays	Х		
Alarmas	Х		
Respuesta a 1Mv	Х		
Señales audibles	Х		
Desplazamiento del papel	Х		
Registrador	Х		

Prueba de seguridad eléctrica.

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke

ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Clasificación del equipo: Clase II tipo BF

Tabla 5.15.Fluctuaciones de voltaje

Variable	Rango permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Voltaje	±10% del valor nominal (110 V)	117,2	Χ		
Frecuencia	1 Hz (0-100 Hz) o 1% (100-1000 Hz)	60 Hz	Х		

Prueba límite de tensión.

Tabla 5.16. Pruebas de limitación de tensión

Variable	Rango permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Impedancia	< 0,2 Ω	0,183	Χ		

Prueba límite de corrientes de fuga.

Tabla 5.17. Pruebas de corrientes de fuga

Condición		Tipo CF Límite establecido (µA)	Medida (µA)	Pasa	No Pasa	No Registra
	Condición primer defecto neutro abierto	efecto neutro 1000		Х		
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto polaridad invertida	1000	0,5	Х		
	Condición normal	500	0,5	Х		
	Condición primer defecto tierra abierta	500	113,9	х		
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	500	0,5	х		
	Condición primer defecto polaridad invertida	500	0,5	Х		
	Condición normal paciente	10	0	Х		
Corriente de fuga a paciente	Condición primer defecto tierra abierta	50	0	Х		
	Condición primer defecto neutro abierto	50	0	Х		

Identificación de magnitudes

Se realizan 3 mediciones con respecto al valor de referencia indicado, obteniendo el promedio de las mediciones para hallar el porcentaje de error de cada magnitud.

Equipo de referencia utilizado para la medición: simulador de paciente Fluke promsim8

Magnitud: Presión no invasiva (NIBP).

Unidad de medida: mmHg

Rango de medición: Sistólica (90 mmHg- 180 mmHg); diastólica (60 mmHg- 120 mmHg)

Error máximo permitido según el fabricante: ± 4 mmHg

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.18. Medición de presión no invasiva (NIBP)

	Medición de presión no invasiva (NIBP)						
Presione s	Valor de Lectura de Medición referencia				Promedio de lecturas	Error	
	[mmHg]	Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3			
Sistólica	90	90,0	90,0	91,0	90,3	0,3	
Diastólic	60	60,0	60,0	60,0	60,0	0,0	
а							
Sistólica	120	120,2	119,0	120,0	119,7	-0,3	
Diastólic	90	89,5	89,0	90,0	89,5	-0,5	
а							
Sistólica	150	149,5	149,0	150,0	149,5	-0,5	
Diastólic	110	110,0	109,0	110,0	109,7	-0,3	
а							
Sistólica	180	178,6	180,0	180,0	179,5	-0,5	
Diastólic	120	120,0	122,0	120,0	120,7	0,7	
а							
Sistólica	200	200,0	200,0	201,0	200,3	0,3	
Dástolica	160	160,0	160,0	159,0	159,7	-0,3	

Equipo de referencia utilizado para la medición: simulador de paciente Fluke promsim8

Magnitud: Frecuencia cardíaca (ECG).

Unidad de medida: bpm

Rango de medición: 30 bpm- 200 bpm

Error máximo permitido según el fabricante: ± 3 bpm

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.19. Medición de frecuencia cardíaca

	Medición de frecuencia cardíaca (EKG)							
	Valor de referencia	Lectura de Medición			Promedio de			
N	[bpm]	Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3	lecturas	Error		
1	30	30	30	30	30	0		
2	40	40	40	40	40	0		
3	60	60	60	60	60	0		
4	80	80	80	80	80	0		
5	100	100	100	100	100	0		
6	120	120	120	120	120	0		

7	140	140	140	140	140	0
8	160	160	160	160	160	0
9	180	180	180	180	180	0
10	200	200	200	200	200	0

Pruebas de software.

Especificación de variables: Presión (NIBP) 60 mmHg-180 mmHg Frecuencia cardíaca (ECG) 30 bpm-200 bpm

Tabla 5.20.Prueba de Software

Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de			
seleccionado una opción	Х		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Pruebas de alarmas.

Tabla 5.21.Prueba de alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo	Х		
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)	Х		
Desconexión de accesorios	Х		
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado	Х		

Pruebas de usabilidad.

Tabla 5.22.Prueba de usabilidad

Tabla 3.22.1 Tueba de daabiildad						
FUNCIONAMIENTO GENERAL DEL EQUIPO						
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones			
Tiempo de utilización	Х					
Facilidad en el aprendizaje de utilización	Х					
Facilidad del sistema para ser recordado	Х					
Correcta ubicación de sensores, cables,						
Accesorios	X					

OBSERVACIONES

La inspección visual del equipo bajo prueba en cuanto a partes y accesorios, software y usabilidad fueron satisfactorias.

Las mediciones de voltaje y tensión realizadas al equipo bajo prueba se encuentran en el rango permitido según la norma; valores de voltaje dentro del \pm 11 V de valor permitido y un valor de impedancia menor a 0,2 Ω , por lo tanto se puede afirmar que no tiene anomalías en fluctuaciones de voltaje y tensión.

En las mediciones de corrientes de fuga todos los valores medidos se encuentran en el rango permitido según la IEC 60601-1.

Los parámetros evaluados del equipo bajo prueba fueron, frecuencia cardíaca y presión no invasiva, debido a que el equipo por ser modular solo tiene activo los módulos correspondientes a los parámetros descritos.

Para la presión no invasiva se obtuvo un error máximo de 0,7 mmHg < 4 mmHg (Error máximo permitido por el fabricante), para la frecuencia cardíaca, se obtuvo un error máximo de 0,0 bpm < 3 bpm (Error máximo permitido por el fabricante) y esto indica que el equipo se encuentra funcionando en los valores adecuados descritos por el fabricante en cuanto a sus parámetros de presión y frecuencia cardíaca.

5.5.2.3. Monitor de signos vitales # 3

Descripción de equipo

Un monitor de signos vitales, es un equipo médico que permite realizar mediciones de parámetros fisiológicos del ser humano, para determinar diferentes anormalidades en su salud. El Monitor de signos vitales, permite realizar la medición de parámetros como frecuencia cardíaca, presión no invasiva y saturación de oxígeno[50][51].

Este equipo tiene magnitudes de presión (NIBP), frecuencia cardíaca (ECG) y saturación de oxígeno (SPO2)

Fecha de realización de la prueba: 27 de Octubre de 2018

Propietario: IPS Universitaria León XIII

Lugar de realización de prueba: Medellín, carrera 51 No 42-62

Nombre del equipo: Monitor de signos vitales

Marca: XXXX Modelo: XXXX Serie: XXXX Placa: XXXX

Clasificación de riesgo frente al paciente: Ila

Fuente de alimentación: si X no ____

Alcance: desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

(La identificación única del equipo no se revela para proteger la confiabilidad de fabricante del funcionamiento de la tecnología)

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.23. Identificación de partes v/o accesorios

Inspección visual	Bueno		Observaciones
Alarmas	Х		
Batería	Х		
Brazalete	Х		
Cable de ECG	Х		
Sensor de SPO2	Х		
Botón de encendido/ Apagado	Х		
Chasis del equipo	Х		
Enchufe de red y base de enchufe	Х		
Interruptores	Х		
Fusibles	Х		
Terminales y conectores	Х		
Inspección de aspectos funcionales	Tiene	No tiene	Observaciones
Indicadores y displays	Х		
Alarmas	Х		
Respuesta a 1mV	Х		
Señales audibles	Х		
Desplazamiento del papel	Х		
Registrador	Х		

Identificación de magnitudes

Equipo de referencia utilizado para la medición: simulador de paciente HM instrument

Magnitud: Presión no invasiva (NIBP).

Unidad de medida: mmHg

Rango de medición: Sistólica (90 mmHg- 180 mmHg); diastólica (60 mmHg- 120 mmHg)

Error máximo permitido según el fabricante: ± 3 mmHg

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.24. Medición de presión no invasiva (NIBP)

		Lecti	ura de Med			
N	Valor de referencia [mmHg]	Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3	Promedio de lecturas	Error
Sistólica	90	90,0	90,0	90,0	90,0	0
Diastólica	60	60,1	60,1	60,1	60,1	0
Sistólica	120	120,0	120,0	120,0	120,0	0
Diastólica	90	90,0	90,0	90,0	90,0	0
Sistólica	150	150,0	150,0	150,0	150,0	0
Diastólica	110	110,0	110,0	110,0	110,0	0
Sistólica	180	180,1	180,1	180,1	180,1	0
Diastólica	120	120,0	120,0	120,0	120,0	0
Sistólica	200	200,0	200,0	200,0	200,0	0
Diastólica	160	160,0	160,0	160,0	160,0	0

Equipo de referencia utilizado para la medición: simulador de paciente HM instrument

Magnitud: Frecuencia cardíaca (ECG).

Unidad de medida: bpm

Rango de medición: 30 bpm- 200 bpm

Error máximo permitido según el fabricante: ± 3 bpm

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5 25 Medición de frecuencia cardíaca

Tabla 5.25.Medición de frecuencia cardíaca									
n	Valor de referencia	Lect	ura de Med	lición	Promedio de	Error			
••	[bpm]	Lectura	Lectura	Lectura	lecturas	LIIOI			
		1	2	3					
1	30	30	30	30	30	0			
2	40	40	40	40	40	0			
3	60	60	60	60	60	0			
4	80	80	80	80	80	0			
5	100	100	100	100	100	0			
6	120	120	120	120	120	0			
7	140	140	140	140	140	0			
8	160	160	160	160	160	0			
9	180	180	180	180	180	0			
10	200	200	200	200	200	0			

Equipo de referencia utilizado para la medición: simulador de paciente HM instrument

Magnitud: Saturación de oxígeno. Unidad de medida: % SPO2

Rango de medición: 60% SPO2- 97% SPO2 Error máximo permitido según el fabricante: 10%

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.26. Medición de saturación de oxígeno

	Valor de referencia [% SPO2]	Lectura de Medición			Promedio de		%
n		Lectura	Lectura	Lectura	lecturas	Error	Error
1	60	60	60	60	60,0	0,0	0,0%
	60	00	00	00	00,0	0,0	0,076
2	70	70	70	70	70,0	0,0	0,0%
2	80	81	80	80	80,3	0,3	0,4%
3	90	90	90	90	90,0	0,0	0,0%

Pruebas de software.

Especificación de variables: Presión (NIBP) 120 mmHg-190 mmHg

Frecuencia cardíaca (ECG) 30 bpm-200 bpm

Saturación de oxígeno (SPO2) 60% SPO2- 97% SPO2

Tabla 5.27.Prueba de Software

Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de			
seleccionado una opción	X		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Pruebas de alarmas.

Tabla 5 28 Prueba Alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo	Х		
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)	Х		
Desconexión de accesorios	Х		
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado	Х		

Pruebas de usabilidad. Ver Tabla VI

Tabla VI. Prueba de usabilidad

FUNCIONAMIENTO GENERAL DEL EQUIPO								
Pruebas Bueno Malo Observaciones								
Tiempo de utilización	Х							
Facilidad en el aprendizaje de utilización	Х							
Facilidad del sistema para ser recordado	Х							
Correcta ubicación de sensores, cables, accesorios	Х							

OBSERVACIONES

Los parámetros evaluados del equipo bajo prueba fueron presión no invasiva, frecuencia cardíaca, y saturación de oxígeno, debido a que el equipo por ser modular solo tiene activo los módulos correspondientes a los parámetros descritos.

Para la presión no invasiva se obtuvo un error máximo de 0,0 mmHg < 3 mmHg (Error máximo permitido por el fabricante), para la frecuencia cardíaca, se obtuvo un error máximo de 0,0 bpm < 3 bpm (Error máximo permitido por el fabricante) y para la saturación de oxígeno, se obtuvo un error máximo de 0,4% < 10%. Esto indica que el equipo se encuentra funcionando en los valores adecuados descritos por el fabricante en cuanto a sus parámetros de presión, frecuencia cardíaca y saturación de oxígeno.

5.5.2.4. Medición de presión flexible

DESCRIPCIÓN DE EQUIPO

Prototipo flexible de medición de distribución de presión: Sistema que consta de una manta flexible y elástica, analizadores de múltiples señales (presión flexible, temperatura y angulación), un software de medida y 4136 sensores de presión debidamente distribuidos en 5 regiones (escapular (2), sacra, calcáneo (2)), Este prototipo detecta la presión constante y excesiva sobre la piel y los tejidos, mide la temperatura del paciente y detecta la posición en la que se encuentra.

Fecha de realización de la prueba: 29 de marzo de 2019

Lugar de realización de prueba: Laboratorio de tecnología médica, grupo GIBIC

Nombre del equipo: prototipo de presión flexible

Alcance: Desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

Este es un prototipo del grupo GIBIC, se hace la evaluación de desempeño de 4 mantas, llamadas por del fabricante como IPS_1, IPS_2, IPS_3, IPS_4.

Tabla 5.29.Identificación de partes y/o accesorios

Inspección visual	Tiene	No tiene	Observaciones
Tela carrflex	Х		
Fuente de alimentación	Х		
Caja de control	Х		
Conector de la caja de control a la manta	Х		
Indicador de conexión a WiFi (verde)	Х		
Antena WiFi	Х		
Alarmas en software incorporadas	Х		

La inspección visual de las 4 mantas de presión flexible en sus partes y accesorios es satisfactoria.

PRUEBA DE SEGURIDAD ELÉCTRICA REQUISITOS GENERALES

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

CLASIFICACIÓN ELÉCTRICA DEL EQUIPO

Prototipo de presión flexible es tipo B, debido a que tiene una alimentación interna con una adecuada protección contra corrientes de fuga y una correcta conexión a tierra. Clase I, por tener protección contra descargas incluyendo una medida de seguridad adicional en la conexión del equipo al conductor de protección de tierra.

Fluctuaciones de voltaje

Tabla 5.30.Fluctuaciones de voltaie

	FLUCTUACIONES DE VOLTAJÉ										
Variable	Rango permitido	prototipo de presión flexible	Valor medido (V)	Pasa	No pasa	No Registra					
Voltaje	115 V-117 V	IPS_1	123,40	Χ							
nominal		IPS_2	123,00	Χ							
Voltaje	±10% del valor nominal (V)	IPS_3	123,00	Х							
		IPS_4	123,40	Х							

En las pruebas de seguridad eléctrica, en la sección de fluctuación de voltaje para las 4 mantas, las mediciones son satisfactorias,

Pruebas de limitación de tensión

Tabla 5.31.Pruebas de limitación de tensión

PRUEBA DE LIMITACIÓN DE TENSIÓN										
Variable	Rango permitido	prototipo de presión flexible	Medida (Ω)	Pasa	No Pasa	No Registra				
Impedancia	< 0,2 Ω	IPS_1	1,30		Х					
		IPS_2	0,53		Х					
		IPS_3	0,13	Х						
		IPS_4	0,36		Х					

La medición de la impedancia entre conexión de clavija del toma corriente y parte metálica del quipo accesible para, IPS_3 se encuentra en el límite permitido pero la medición para IPS_1, IPS_2 e IPS_4 sobrepasan el límite, los valores medidos son > $0.2~\Omega$.

Tabla 5.32.Pruebas de corrientes de fuga

	PRUEBAS DE CORRIENTE DE FUGA								
Со	ndición	Límite establecido (µA)	prototipo de presión flexible	Medida (μA)	Pasa	No Pasa	No Registra		
			IPS_1	104,6	Х				
			IPS_2	103,9	Х				
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto neutro abierto	1000	IPS_3	103,9	X				
			IPS_4	103,9	Х				
			IPS_1	0,4	Χ				
			IPS_2	7,8	Х				
			IPS_3	0,5	Х				
	Condición primer defecto	1000							

	polaridad		IPS_4	0,5	Х		
	polaridad invertida		0	0,0			
			IPS_1	0,1	X		
			15 3_1	0,1	^		
	Condición	1000					
	normal						
			IPS_2	0,1	X		
			IF 3_2	0,1	^		
		1000					
Corriente							
de fuga a tierra							
	Condición normal		IDC 2	0.4	v		
	Homiai		IPS_3	0,1	X		
		1000					
			150 /		1,,		
			IPS_4	0,1	X		
		1000					
Corriente	Condición		IPS_1	0,4	X		
de fuga a	normal	500					
carcasa			IPS_2	15,2	X		
			IPS_3	112,1	X		
			IPS_4	0,4	X		
			IPS_1	0,4	X		
		500					
		300					
			IPS_2	0,5	X		
			" 5_2	0,0			
Corriente	Condición						
de fuga a	primer	500	IPS_3	0,5	Х		
carcasa	defecto tierra abierta						
			IDC 4	44.0	X		
			IPS_4	11,3	^		
			IPS_1	0,4	X		
	<u>l</u>					1	l .

Corriente			IPS_2	15,2	X
de fuga a	Candialán	E00			
carcasa	Condición primer defecto	500	IPS_3	0,5	X
	neutro abierto		IPS_4	11,4	X
		500	IPS_1	0,5	X
Corriente de fuga a	Condición	500	IPS_2	0,3	X
carcasa	primer defecto polaridad	500	IPS_3	111,8	X
	invertida	500	IPS_4	22,3	X
		10	IPS_1	0	X
	Condición	10	IPS_2	0	X
	normal paciente	10	IPS_3	0	X
Corriente		10	IPS_4	0	X
de fuga a paciente		50	IPS_1	0	X
	Condición primer	50	IPS_2	0	X
	defecto tierra abierta	50	IPS_3	0	X
		50	IPS_4	0	X
		50	IPS_1	0	X
		50	IPS_2	0	X
	Condición primer defecto neutro abierto	50	IPS_3	0	X

	50	IPS_4	0	Χ	

Para PS_1, PS_2, PS_3, PS_4, las mediciones de corrientes de fuga son aceptables por no sobrepasar el límite establecido.

ACTIVACIÓN DE LOS SENSORES DE PRESIÓN FLEXIBLE

Equipo de referencia utilizado para la medición: Se utilizan cajas de madera con peso determinado de 5 kg.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Manta IPS_1

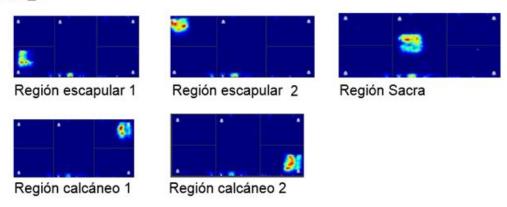


Figura 5.7.Presión ejercida IPS_1.

Manta IPS_2

Para esta manta, el software no detectó ninguna señal, no se logró conexión entre el dispositivo y el software.

Manta IPS_3

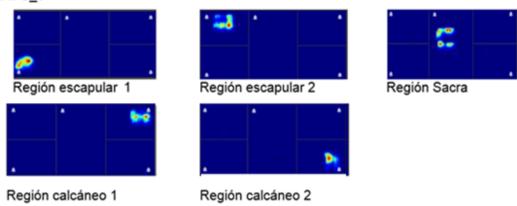


Figura 5.8. Presión ejercida IPS_3

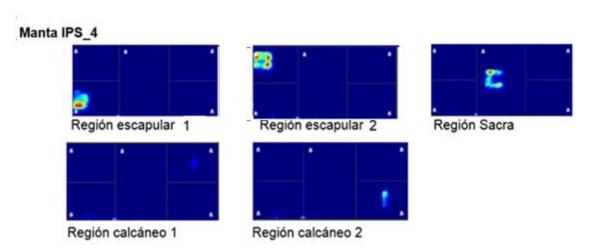


Figura 5.9. Presión ejercida IPS_4

Los resultados para las mantas IPS_1 e IPS_3 fueron conforme, ya que se observó la activación de los sensores en las 5 regiones, en el software se detectó presión ejercida, se debe aclarar que los fabricantes aún no han definido los rangos de presión ni unidades en la que se detecta. Para el prototipo IPS_2 no se detectó ninguna conectividad entre la manta y el software por lo que no se realizó esta prueba y para IPS_3 la detección de la presión en la región calcáneo fue muy débil.

PRUEBA DE SENSIBILIDAD

A continuación se evidencia la activación de la alarma en la región y en el nivel que se encuentra

PS_1, IPS_3, IPS_4

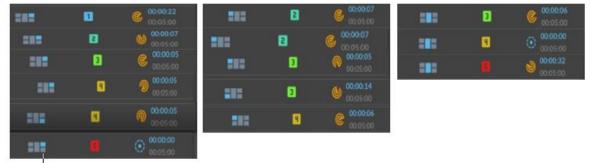


Figura 5.10. Activación de alarma.

El comportamiento de la alarma, es decir de la activación de esta en el software de acuerdo a la sensibilidad tuvo un comportamiento estable para la IPS_1, IPS_3, IPS_4. En la región calcáneo se activó la alarma para todas las sensibilidades, en la región escapular se activó la alarma para las sensibilidades 2, 3,4 y en la región sacra para las sensibilidades 3, 4,5.

MEDICIÓN DE TEMPERATURA

Rango de medición: 20 °C- 45 °C

Error máximo permitido según el fabricante: 1 °C

Equipo de referencia: Termómetro Fluke

Tabla 5.33. Medición de temperatura

n	Valor de referencia	Lectura de	Lectura de Medición		Promedio de lecturas	Error
	[°C]	Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3		
1	20					
2	25					
3	30					
4	35					
5	40					
6	45					

MEDICIÓN DE ANGULACIÓN

Rango de medición: 0° - 90°

Error máximo permitido según el fabricante: ± 2°

Equipo de referencia: Inclinómetro digital Bush inclinómetro

Tabla 5.34. Medición de angulación

n	Valor de	Lectura de Medición			Promedio de lecturas	Error
	referencia [°]	Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3		
1	0					
2	1					
3	20					
4	30					
5	40					
6	50					
7	60					
8	70					
9	80					
10	90					

PRUEBAS DE SOFTWARE IEC 62304

Tabla 5.35.Prueba de Software

Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de seleccionado una opción	Х		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Las pruebas de software para IPS_1, IPS_3, IPS 4 fueron satisfactorias para las variables de entrada y salida; con las pruebas de usabilidad se comprobó que el software es de fácil entendimiento para el operador.

PRUEBAS DE ALARMAS

IPS_1, IPS_3, IPS_4

Tabla 5.36.Prueba Alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Indicador de conexión WiFi	Х		
Presión prolongada, alarma visual	Х		

PRUEBAS DE USABILIDAD

IPS_1, IPS_2, IPS_3, IPS_4

Tabla 5.37.Prueba de usabilidad

FUNCIONAMIENTO GENERAL DEL EQUIPO						
Pruebas	Buen o	Malo	Observaciones			
Tiempo de utilización	Х					
Facilidad en el aprendizaje de utilización	Х					
Facilidad del sistema para ser recordado	Х					

5.5.2.5. Desfibrilación

Desfibrilador externo automático DEA

Descripción de equipo

Un desfibrilador es un equipo médico que aplica cargas eléctricas para recuperar el ritmo cardíaco normal de un individuo, consiste en aplicar una descarga eléctrica para disminuir o eliminar una arritmia cardíaca. Este le transmite energía al paciente por medio de unos electrodos o palas externas, que se ponen en contacto con la piel del paciente. Este equipo es utilizado por personal no especializado debido a que es totalmente automático[52].

Fecha de realización de la prueba: 09 de Octubre de 2018

Propietario: Hospital San Vicente de Ferrer E.S.E. Lugar de realización de prueba: Carrera 4-13-31.

Nombre del equipo: Desfibrilador externo automático DEA

Marca: XXXX Modelo: XXXX Serie: XXXX Placa: XXXX

Clasificación de riesgo frente al paciente: Ilb

Fuente de alimentación: si X no

Alcance: desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.38. Identificación de partes y/o accesorios

Inspección visual	Bueno	Malo	Observaciones
Parches	Х		
Batería	Х		
Botón de selección de energía	Х		
Chasis del equipo	Х		
Enchufe de red y base de enchufe	Х		
	_	Mala	Observaciones
Inspección de aspectos funcionales	Bueno	IVIAIO	Observaciones
Inspeccion de aspectos funcionales Indicadores y displays	Bueno	IVIAIO	Observaciones
		IVIAIO	Observaciones
Indicadores y displays	X	Walo	Observaciones
Indicadores y displays Alarmas	X	Walo	Observaciones

Identificación de magnitudes.

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de desfibriladores Netech

Magnitud: Potencia

Unidad de medida: J (50 Ω) Rango de medición: 120 J - 270 J

Error máximo permitido según el fabricante: 10%

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.39. Medición de energía

n	Valor de referencia [J] (50Ω)	Lectura de Medición		Promedio	Error	% Error
		Lectura 1	Lectura 2			
1	120	117,0	117,0	117,0	3,0	2,5
2	180	180,0	180,0	180,0	0,0	0,0
3	240	249,0	249,9	249,5	-9,5	4,0
4	270	270,0	270,0	270,0	0,0	0,0

Equipo de referencia utilizado para la medición: simulador de paciente Fluke promsim8

Magnitud: Frecuencia cardíaca (ECG).

Unidad de medida: bpm

Rango de medición: 30 bpm- 200 bpm

Error máximo permitido según el fabricante: ± 3 bpm

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.40. Medición de Frecuencia cardíaca

	Medición de frecuencia cardíaca (ECG)								
n	Valor de referencia	Lect	ura de Med	lición	Promedio de	Error			
''	[bpm]	Lectura	Lectura	Lectura	lecturas	LIIOI			
		1	2	3					
1	20	20	20	20	20	0			
2	40	40	40	40	40	0			
3	60	60	60	60	60	0			
4	80	80	80	80	80	0			
5	100	100	100	100	100	0			
6	120	120	120	120	120	0			
7	140	140	140	140	140	0			
8	160	160	160	160	160	0			
9	180	180	180	180	180	0			
10	200	200	200	200	200	0			

Pruebas de software.

Tabla 5.41.Prueba de Software

Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de			
seleccionado una opción	Х		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Pruebas de alarmas.

Tabla 5.42.Prueba Alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo	Х		
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)	Х		
Desconexión de accesorios	Х		
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado	Х		

Pruebas de usabilidad.

Tabla 5.43. Prueba de usabilidad

Funcionamiento general del equipo						
Pruebas Bueno Malo Observaciones						
Tiempo de utilización	Х					
Facilidad en el aprendizaje de utilización	Х					
Facilidad del sistema para ser recordado	Х					
Correcta ubicación de parches,	Х					

OBSERVACIONES

La inspección visual del equipo en sus partes y accesorios es satisfactoria.

Las medidas de desfibrilación se encuentra en el rango permitido por el fabricante ya que no supera el error máximo permito de energía que es el 10% y se observa un porcentaje de error de 4%, para la frecuencia cardíaca se obtuvo error máximo de 0,0 bpm < 1 bpm (Error máximo permitido por el fabricante) y esto indica que el equipo se encuentra funcionando en los valores adecuados descritos por el fabricante en cuanto a sus parámetros de energía y frecuencia cardíaca.

5.5.2.6. Desfibrilador

Descripción de equipo

Un desfibrilador es un equipo médico que aplica cargas eléctricas para recuperar el ritmo cardíaco normal de un individuo, consiste en aplicar una descarga eléctrica para disminuir o eliminar una arritmia cardíaca. Este le transmite energía al paciente por medio de unos electrodos o palas externas, que se ponen en contacto con la piel del paciente [53][54].

Fecha de realización de la prueba: 09 de Octubre de 2018

Propietario: Universidad de Antioquia

Lugar de realización de prueba: Medellín, calle 67 No. 53 - 108

Nombre del equipo: Desfibrilador

Marca: XXXX Modelo: XXXX Serie: XXXX Placa: XXXX

Clasificación de riesgo frente al paciente: Ilb

Fuente de alimentación: si X no ____

Alcance: desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

Descripción de pruebas

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.44. Identificación de partes y/o accesorios

Inspección visual	Bueno		Observaciones
Palas adulto	Х		
Cable ECG			No tiene cable ECG
Palas pediátricas	Х		
Papel de impresión	Х		
Batería	Х		
Perilla de selección de energía	Х		
Marcapasos			
Chasis del equipo	Х		
Enchufe de red y base de enchufe	Х		
Interruptores	Х		
Fusibles	Х		
Terminales y conectores	Х		
Botón de carga	Х		
Botón de descarga	Х		
Inspección de aspectos funcionales	Bueno	Malo	Observaciones
Indicadores y displays	Х		
Alarmas	Х		
Respuesta a 1mV	Х		
Señales audibles	Х		
Desplazamiento del papel	Х		

Descarga interna de la energía almacenada	Х	
Registrador	X	

Prueba de seguridad eléctrica.

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke

ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Clasificación del equipo: Clase II tipo BF

Tabla 5.45.Fluctuaciones de voltaje

Variable Rango permitido		Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Voltaje	±10% del valor nominal (110 V)	113.4	Х		
Frecuencia	1 Hz (0-100 Hz) o 1% (100-1000 Hz)	60 Hz	Χ		

Pruebas de limitación de tensión.

Tabla 5.46. Pruebas de limitación de tensión

Variable	Rango permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Impedancia	< 0,2 Ω	0,124	Χ		

Pruebas de corrientes de fuga.

Tabla 5.47.Pruebas de fuga.

Condición		Límite establecido (µA)	Medida (µA)	Pasa	No Pasa	No Registra
	Condición primer defecto neutro abierto	1000	48,9	Х		
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto polaridad invertida	1000	70,2	х		
	Condición normal	500	70,8	Х		
	Condición primer defecto tierra abierta	500	0,3	Х		
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	500	0,2	Х		
	Condición primer defecto polaridad invertida	500	0,4	Х		
Corriente de fuga a	Condición normal paciente	10	0,0	Х		
paciente	Condición primer defecto tierra abierta	50	0,0	Х		

Corriente de fuga a	Condición primer	F0	0.0	V		
paciente	defecto neutro abierto	50	0,0	^		
	abierto					ı

Identificación de magnitudes

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de desfibriladores Fluke 7000DP

Magnitud: Potencia. Unidad de medida: J (50 Ω)

Rango de medición: 20 J - 360 J

Error máximo permitido según el fabricante: ± 10%

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.48. Medición de magnitudes

n	Valor de referencia [J]	Lectura de Medición			Promedio	Error	%
	(50 Ω)					[J]	Error
	,	Lectura	Lectura	Lectura			
		1	2	3			
1	20	20,8	20,4	20,7	20,6	-0,6	3%
2	50	52,1	50,8	51,3	51,4	-1,4	2,8
3	100	103,0	101,9	104,7	103,2	-3,2	3,2
4	200	207,9	202,1	204,6	204,9	-4,9	2,4
5	300	303,0	306,2	306,9	305,4	-5,4	1,8
	360	362,4	374,0	360,2	365,5	-5,5	1,5

Pruebas de software.

Tabla 5.49. Prueba de Software

Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de			
seleccionado una opción	Х		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Pruebas de alarmas.

Tabla 5.50.Prueba Alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo	Х		
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)	Х		
Desconexión de accesorios	Х		
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado	Х		

Pruebas de usabilidad.

Tabla 5.51.Prueba de usabilidad

Funcionamiento general del equipo					
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones		
Tiempo de utilización	Х				
Facilidad en el aprendizaje de utilización	Х				
Facilidad del sistema para ser recordado	Х				
Correcta ubicación de sensores, cables, accesorios			No tiene cable ECG		

OBSERVACIONES

La inspección visual del equipo bajo prueba en cuanto a partes y accesorios es satisfactoria, solo se observa que el equipo no tiene cable ECG.

Las mediciones de voltaje y tensión realizadas al equipo bajo prueba se obtuvieron valores en el rango permitido según la norma; valores de voltaje dentro del \pm 10 de valor permitido y un valor de impedancia menor a 0,2 Ω , por lo tanto se puede afirmar que no tiene anomalías en fluctuaciones de voltaje y tensión.

En las mediciones de corrientes de fuga todos los valores medidos se encuentran en el rango permitido según la IEC 60601-1, EC60601.

Las medidas de desfibrilación se encuentra en el rango permitido por el fabricante ya que no supera el error máximo permito de energía, el error obtenido es de 3,2% por lo que se concluye que el equipo se encuentra en óptimas condiciones de funcionamiento en desfibrilación, este equipo se encuentra sin cable ECG por lo cual no se pudo verificar la frecuencia cardíaca.

5.5.2.7. Seguridad eléctrica

Esta sección del protocolo se validó en tecnologías como:

Autoclave

Descripción de equipo

Una autoclave odontológica es un dispositivo que sirve para esterilizar instrumental utilizando la evaporación de agua a altas temperaturas y altas presiones, las cuales evitan que el agua llegue a ebullir a pesar de su alta temperatura.

Las autoclaves funcionan permitiendo la entrada o generación de vapor de agua pero restringiendo su salida, hasta obtener una presión interna de 103 kPa, lo cual provoca que el vapor alcance una temperatura de 121 grados Celsius. Un tiempo típico de esterilización a esta temperatura y presión es de 15-20 minutos. Las autoclaves permiten verificar su funcionamiento mediante medidores de presión y temperatura[55].

Fecha de realización de pruebas: Agosto 10 de 2018

Propietario: Dentomat

Lugar de realización de prueba: Envigado, instalaciones del fabricante.

Nombre del equipo: Autoclave

Marca: XXXX
Modelo: XXXX
Serie: XXXX
Placa: XXXX

Clasificación de riesgo frente al paciente: Ila

Fuente de alimentación: si X no ____

Alcance: desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

(La identificación única del equipo no se revela para proteger la confiabilidad de fabricante del funcionamiento de la tecnología)

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.52. Identificación de partes y/o accesorios

IDENTIFICACIÓN DE PARTES Y ACCSESORIOS DEL EQUIPO						
PARTES Y ACCESORIOS	BUENO	MALO	OBSERVACIONES			
Tanque reserva de agua	Х					
Válvula de seguridad	Х					
Alarma de sobrecalentamiento	Х					
Alarma de ciclo	Х					
Cámara de acero inoxidable	Х					
Bandejas	Х					

Prueba de seguridad eléctrica.

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Clasificación del equipo

La autoclave es tipo B, debido a que tiene una alimentación interna con una adecuada protección contra corrientes de fuga y una correcta conexión a tierra. Clase I, por tener la protección contra

descargas incluyendo una medida de seguridad adicional en la conexión del equipo al conductor de protección de tierra.

Tabla 5.53.Fluctuaciones de voltaje

FLUCTUACIONES DE VOLTAJE						
Variable	Rango permitido	Valor Valor nominal medido		Pasa/No pasa	No Registra	
Voltaje	±10% del valor nominal (V)	110	110	Pasa		

Prueba límite de tensión.

Tabla 5.54. Pruebas de limitación de tención

PRUEBA DE LIMITACIÓN DE TENSIÓN					
Variable	Rango permitido	Medida (Ω)	Pasa	No Pasa	No Registra
Impedancia	< 0,2 Ω	0,01414	Х		

Prueba de corriente de fuga.

Tabla 5.55. Pruebas de corrientes de fuga

PRUEBAS DE CORRIENTE DE FUGA							
	Condición	Límite establecido (µA)	Medida (μΑ)	Pasa	No Pasa	No Registra	
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto neutro abierto	1000	88	Х			
	Condición primer defecto polaridad invertida	1000	202	Х			
Corriente de fuga a carcasa	Condición normal	500	259	Х			
Corriente de	Condición primer defecto tierra abierta	500	259	Х			
fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	500	259	Х			
	Condición primer defecto polaridad invertida	500	259	Х			

OBSERVACIONES

Las pruebas eléctricas se realizaron en 6 repeticiones, esto con el fin de detectar variación en el valor de cada prueba. Los valores obtenidos fueron estables por lo que el equipo bajo prueba, la autoclave, da cumplimiento a la NTC-IEC 60601-1.

5.5.2.8. Cámara hiperbárica

Descripción del equipo

La cámara hiperbárica es un módulo monoplaza diseñado para atención a usuarios que necesiten realizar procedimientos de oxigenación hiperbárica; es un equipo semiautomático y cuenta con múltiples sistemas de seguridad que se activan tanto de forma manual como automática. Incluye un sistema de barrido para cambiar el contenido de O2 de un 21% y un 79% de nitrógeno y otros gases cuando se cierra la cámara hasta un aproximado del 98% de O2 al final del barrido[56].

Fecha de realización de pruebas: Noviembre 30 de 2018

Propietario: BLUE OCEAN

Lugar de realización de prueba: XXXX Nombre del equipo: Cámara hiperbárica

Alcance: Comprobar el cumplimiento de la NTC-IEC 60601-1 en la cámara hiperbárica.

Marca: XXXX Modelo: XXXX Serie: XXXX

(La identificación única del equipo no se revela para proteger la confiabilidad de fabricante del funcionamiento de la tecnología)

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.56. Identificación de partes y/o accesorios

IDENTIFICACIÓN DE PARTES Y ACCSESORIOS DEL EQUIPO						
Partes y accesorios	Cumple	No	Observación			
		cumple				
Manómetro de presión de entrada	X		Buen estado			
Manómetro de presión de salida	Х		Buen estado			
Perilla de presión de tratamiento	Х		Buen estado			
Perilla de compresión	Х		Buen estado			
Perilla de barrido	Х		Buen estado			
Perilla de circulación	Х		Buen estado			
Interruptor de encendido y apagado	X		Buen estado			
Timer	X		Buen estado			
Termo higrómetro	X		Buen estado			

Prueba de seguridad eléctrica.

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Clasificación del equipo

La cámara hiperbárica es tipo B, debido a que tiene una alimentación interna con una adecuada protección contra corrientes de fuga y una correcta conexión a tierra. Clase I, por tener la protección contra descargas incluyendo una medida de seguridad adicional en la conexión del equipo al conductor de protección de tierra.

Tabla 5.57.Fluctuaciones de voltaje

	FLUCTUACIONES DE VOLTAJE						
Variable	Variable Rango permitido Valor nominal Valor medido Pasa/No Regis						
Voltaje	±10% del valor nominal (V)	110 V	115,5 V	Pasa			

Prueba límite de tensión.

Tabla 5.58. Pruebas de limitación de tención

PRUEBA DE LIMITACIÓN DE TENSIÓN						
Variable	Variable Rango permitido Medida (Ω) Pasa No Pasa No Registra					
Impedancia	< 0,2 Ω	0,038 Ω	Х			

Prueba límite de tensión.

Tabla 5.59.Pruebas de corrientes de fuga

	PRUEBAS DE CORRIENTE DE FUGA							
Condición		Límite establecido (µA)	Medida (µA)	Pasa	No Pasa	No Registra		
Comingto de	Condición primer defecto neutro abierto	1000	0,7	х				
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto polaridad invertida	1000	58	х				
	Condición normal	500	63	Х				
	Condición primer defecto tierra abierta	500	0,5	Х				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	500	0,4	х				
	Condición primer defecto polaridad invertida	500	0,4	х				

OBSERVACIONES

Las pruebas eléctricas se realizaron en diferentes puntos del equipo, esto con el fin de detectar variación en el valor de cada prueba. Los valores obtenidos fueron estables por lo que el equipo bajo prueba, la autoclave da cumplimiento a la NTC-IEC 60601-1.

Otras tecnologías.

Para evidenciar la efectividad el protocolo lo validamos en otras tecnologías, para observar la adaptabilidad de este según tipo de tecnología, magnitudes propias y funcionamiento en general.

Ventilador mecánico

Descripción del equipo

Es una máquina que proporciona ventilación con soporte artificial, con un patrón de tiempo definido y que ofrece la posibilidad de ventilación con oxígeno, esta, asiste mecánicamente la ventilación pulmonar para realizar el intercambio de gases atmosféricos y pulmonares. Un ventilador mecánico cuenta con modalidades de presión, volumen, modos espontáneos, modalidades ventilatorias como APRV (universal), volumen garantizado, ATC, PPS, oxigeno de alto flujo, herramientas de protección pulmonar, visualización y resistencia en tiempo real, ventilación no invasiva. [57].

Fecha de realización de la prueba: 23 de enero de 2019

Propietario: Clínica San Juan de Dios

Lugar de realización de prueba: Carrera 8 número 17-44 Sur

Nombre del equipo: Ventilador mecánico

Marca: XXX Modelo: XXX Placa: XXX

Clasificación de riesgo frente al paciente: Ilb

Fuente de alimentación: si X no ____

Alcance: desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

Descripción de pruebas

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.60. Identificación de partes v/o accesorios

Inspección visual	Bueno	Malo	Observaciones
Accesorios para medición de temperatura	Х		
Reductores de presión	Х		
Filtros mecánicos	Х		
Papel de impresión	Х		
Sensor de flujo	Х		
Flujometro	Х		
Mangueras siliconadas			
Enchufe de red y base de enchufe	Х		
Interruptores	Х		
Fusibles	Х		
Terminales y conectores	Х		
Perilla de selección	Х		
Inspección de aspectos funcionales	Bueno	Malo	Observaciones
Indicadores y displays	Х		
Alarmas	Х		
Señales audibles	Х		

Identificación de magnitudes

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de flujo de gases VT-PLUS

Magnitud: Flujo.

Unidad de medida: I/min

Rango de medición: 1 l/min-10 l/min

Resolución: 0,01 l/min

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.61. Medición de fluio

n	Valor de referencia	Lectura de	Medición	Promedio	Error	
		Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3		
1	2	2,4	2,4	2,4	2,4	0,4
2	4	4,5	4,4	4,4	4,4	0,4
3	6	6,7	6,8	6,7	6,7	0,7
4	8	8,7	8,7	8,7	8,7	0,7
5	10	10,7	10,8	10,0	10,5	0,5

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de flujo de gases VT-PLUS

Magnitud: Presión inspiratoria pico PIP.

Unidad de medida: cmH2O

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.62. Medición de PIP

n	Valor de referencia	Lectura de	Medición	Promedio	Error	
		Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3		
1	10	10,2	10,2	10,2	10,2	0,2
2	11	11,0	11,0	11,0	11,0	0,0
3	12	12,0	12,0	12,1	12,1	0,1
4	15	15,0	15,0	15,0	15,0	0,0
5	18	18,1	18,1	18,1	18,1	0,1

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de flujo de gases VT-PLUS

Magnitud: PEEP.

Unidad de medida: cmH2O Resolución medición: 1 cmH2O

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.63. Medición de PEEP

n	Valor de referencia	Lect	ura de Medi	Promedio	Error	
		Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3		
1	3	3,0	3,0	3,0	3,0	0,0
2	4	4,0	4,0	4,0	4,0	0,0
3	5	5,0	5,0	5,0	5,0	0,0
4	6	6,0	6,0	6,0	6,0	0,0
5	7	7,0	7,0	7,0	7,0	0,0

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de flujo de gases VT-PLUS

Magnitud: Tiempo espiratorio. Unidad de medida: Segundos Rango de medición: 0,25 s -2,5 s

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Tabla 5.64. Medición de tiempo espiratorio

n	Valor de referencia	Lectura de Medición			Promedio	Error
		Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3		
1	0,30	0,31	0,32	0,31	0,31	0,01
2	0,40	0,41	0,41	0,41	0,41	0,01
3	0,60	0,61	0,62	0,62	0,62	0,02
4	1,00	1,00	1,00	1,00	1,00	0,00

Pruebas de software.

Tabla 5.65.Prueba de Software

Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de			
seleccionado una opción	X		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Pruebas de alarmas.

Tabla 5.66.Prueba Alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo	Х		
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)	Х		
Desconexión de accesorios	Х		
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado	Х		

Pruebas de usabilidad.

Tabla 5.67. Prueba de usabilidad

FUNCIONAMIENTO GENERAL DEL EQUIPO						
Pruebas Bueno Malo Observaciones						
Tiempo de utilización	Х					
Facilidad en el aprendizaje de utilización	Х					
Facilidad del sistema para ser recordado	Х					
Correcta ubicación de parches,	Х					

OBSERVACIONES

La inspección visual del equipo bajo prueba en cuanto a partes y accesorios, software y usabilidad es satisfactoria.

Las medidas de flujo se encuentran en el rango permitido por el fabricante ya que no supera el error máximo permito de flujo, el error obtenido fue de 0,72 l/min < (0-99) l/min. Para la medición de presión inspiratoria pico, PIP se obtuvo un error de 0,2 cmH20 que indica que se encuentra en adecuado funcionamiento. Para la medición de PEEP se obtuvo un error de 0,0 cm H2O y para la medición del tiempo espiratorio se obtuvo un error de 0,02 segundos, de acuerdo a las mediciones obtenidas indican que el equipo se encuentra funcionando en los valores adecuados descritos por el fabricante.

5.2.9. Unidad de electrocirugía

Descripción del equipo

La electrocirugía se basa en la aplicación de corrientes sobre un tejido, alcanzando un resultado de fusión de tejidos o cortes del mismo para interrumpir su estructura. Esto es alcanzado por el calor disipado en los tejidos de la corriente de radiofrecuencia. El circuito completo de una unidad de electrocirugía, está compuesto por un generador, un electrodo activo, el paciente, y un electrodo de dispersión. El tejido del paciente genera una impedancia y cuando los electrones vencen esta impedancia generan calor[58].

Fecha de realización de la prueba: 31 de enero de 2019

Propietario: Clínica San Juan de Dios

Lugar de realización de prueba: carrera 78 # 32a - 13 belén

Nombre del equipo: Electrobisturí

Marca: XXX Serie: XXX Placa: XXX

Clasificación de riesgo frente al paciente: Ilb

Fuente de alimentación: si X no ____

Alcance: desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

Inspección visual del equipo.

Tabla 5.68. Identificación de partes v/o accesorios

Inspección visual	Bueno	Malo	Observaciones
Estado del chasis	X		
Montajes y apoyo	Х		
Frenos del carro de sostenimiento	Х		
Enchufe de red y base de enchufe	Х		
Cable de red	Х		
Interruptores	Х		
Fusibles			
Terminables y conectores	Х		
Placa de paciente	X		
Perilla de selección	Х		
Inspección de aspectos funcionales	Bueno	Malo	Observaciones
Indicadores y displays	X		
Alarmas	X		
Señales audibles	X		
Etiquetado	X		
Pedal			

PRUEBA DE SEGURIDAD ELÉCTRICA.

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Clasificación eléctrica del equipo: Clase II tipo BF

Tabla 5.69. Pruebas de seguridad eléctrica

FLUCTUACIONES DE VOLTAJE					
Variable	Rango permitido	Valor nominal	Valor medido	Pasa/N o pasa	No Registra
Voltaje	±10 del valor nominal (V)	110 V	112 V	Х	
Frecuencia	1 Hz(0 HZ-100Hz) o 1% (100 Hz-1000Hz)	60 HZ	60 HZ	Х	
Variable	Rango permitido	Medida (Ω)	Pasa	No Pasa	No Registra
Impedancia	< 0,2 Ω	0,00150	Х		

Pruebas de corriente de fuga

Tabla 5.70.Pruebas de corriente de fuga

Condic	ión	Tabla 5.70.Pruebas de	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Condicion		Límite establecido (µA)	(μA)	1 434	NOT asa	No Negistia
	Condición primer defecto neutro abierto	1000	0.9	X		
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto polaridad invertida	1000	59	X		
	Condición normal	500	61	X		
	Condición primer defecto tierra abierta	500	0,5	X		
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	500	0,4	X		
	Condición primer defecto polaridad invertida	500	0,4	X		

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de electrocirugía RF 303

Unidad de medida: W

Rango de medición: 30 W- 120 W

Resolución: 1 W

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

Mediciones.

Tabla 5.71.Mediciones

REGIST	TRO DE MEDICIO	ÓN EN COAGU	LACIÓN (W)			
Posición de la Perilla	20	40	60	80		
n		Lectura de I	Medición (Patró	n)		
	Prueba 1	Prueba 2	Prueba 3	Prueba 4		
1	22,10	41,20	61,90	79,80		
2	21,80	41,20	61,00	78,50		
3	21,70	41,60	61,40	79,50		
4	21,10	42,00	61,80	79,60		
Promedio	21,68	21,68 41,50 61,53				
Error [W]	-1,68	-1,50	-1,53	0,65		
Error %	8,40	3,80	2,50	0,80		
RE	GISTRO DE ME	DICIÓN EN CO	RTE (W)			
Posición de la Perilla	30	60	90	120		
n		Lectura de I	Medición (Patró	n)		
	Prueba 1	Prueba 2	Prueba 3	Prueba 4		
1	29,30	58,10	92,10	120,80		
2	29,30	58,50	92,10	120,80		
3	29,40	58,50	92,10	120,20		
4	29,50	58,40	91,90	120,40		
Promedio	29,40	58,40	92,10	120,60		
	0,63	1,63	-2,05	-0,55		
Error [W]	0,63	1,03	2,00	0,00		

Pruebas de software.

Tabla 5.72.Prueba de software

Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de			
seleccionado una opción	Х		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Pruebas de alarmas.

Tabla 5.73. Prueba Alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo	Х		
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)	Х		
Desconexión de accesorios	Х		
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado	Х		

Pruebas de usabilidad.

Tabla 5.74.Prueba de usabilidad

FUNCIONAMIENTO GENERAL DEL EQUIPO							
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones				
Tiempo de utilización	Х						
Facilidad en el aprendizaje de utilización	Х						
Facilidad del sistema para ser recordado	Х						
Correcta ubicación de parches,	Х						

OBSERVACIONES

La inspección visual del equipo bajo prueba en cuanto a partes y accesorios, software y usabilidad es satisfactoria.

Las medidas de corte, coagulación se encuentran en los límites establecidos por el fabricante, el error en estas mediciones se encuentra en los rangos establecidos según el fabricante.

Por medio de las validaciones del protocolo realizadas a diferentes tipos de tecnología se concluye que este, contiene las secciones necesarias para realizar una correcta evaluación y verificar el cumplimiento de normatividades de seguridad eléctrica, de software, de usabilidad, estado físico y recomendaciones del fabricante. Los resultados de evaluaciones de desempeño se presentan mediante un informe de conformidad de funcionamiento de tecnología médica, especificando pruebas y evaluaciones que fueron realizadas.

6. CONCLUSIÓN

Los modelos de gestión para la evaluación de la tecnología médica pretenden vigilar y controlar la eficiencia del funcionamiento para prestar con excelente calidad los servicios en las entidades encargadas; actualmente la mayoría de las legislaciones de tecnología divulgan modelos de gestión basados en funcionamiento clínico y adquisición, no se divulgan modelos de gestión para evaluar el desempeño de la tecnología médica en etapa de pre y pos mercado.

Tener conocimiento de los entes reguladores a nivel mundial facilita identificar el nivel del riesgo que tiene cada tipo de tecnología médica frente al paciente, para así poder establecer los lineamientos necesarios para validar su funcionamiento según la especificidad de operación, magnitudes propias e identificar la función del equipo.

Los protocolos para el desempeño de la tecnología médica en cuanto a su funcionamiento deben ser adaptables a los tipos de tecnología debido a que contiene especificaciones técnicas diferentes.

Mediante el estudio físico, operativo y de capacidad del laboratorio del grupo GIBIC de la Universidad de Antioquia se logró diseñar un modelo de gestión del laboratorio bajo normatividades necesarias para realizar pruebas de desempeño de tecnología médica en etapa de pre y pos mercado, lo que permite que el laboratorio sea apto para realizar las validaciones de las innovaciones propias del grupo GIBIC, optimizando el proceso de verificación para obtener un registro de comercialización.

Por medio de las validaciones del protocolo realizadas a diferentes tipos de tecnología podemos concluir que este contiene las secciones necesarias para realizar una correcta evaluación y verificar el cumplimiento de normatividades de seguridad eléctrica, de software, de usabilidad, estado físico y recomendaciones del fabricante. Los resultados de las evaluaciones de desempeño se presentan mediante un informe de conformidad de funcionamiento de tecnología médica, especificando pruebas y evaluaciones que fueron realizadas. Este informe va a nombre del laboratorio del grupo GIBIC.

Con los procesos realizados en el laboratorio del grupo GIBIC se busca alcanzar la normalización y estandarización de validación de tecnología biomédica en pre y pos mercado dando cumplimiento al capítulo III del decreto 4725 de 2005 que establece que todo fabricante y/o importador debe certificarse en buenas prácticas de manufactura, capacidad de almacenamiento y/o acondicionamiento de los dispositivos médicos.

7. BIBLIOGRAFIA

- [1] L. P. Alfonso Marín, C. Salazar López, F. Herrera, and A. León, "Incidencia de eventos adversos asociados a dispositivos médicos en una institución de salud en Colombia," *Rev. Ing. Biomédica*, vol. 4, no. 8, pp. 71–84, 2010.
- [2] C. S. López and A. L. F. Herrera, "Incidencia de eventos adversos asociados a dispositivos médicos en una institución de salud en Colombia (INCIDENCE OF ADVERSE EVENTS ASSOCIATED WITH MEDICAL DEVICES WITHIN A HEALTH INSTITUTION IN COLOMBIA)," Rev. Ing. Biomédica, vol. 4, no. 8, 2013.
- [3] L. E. Llamosa, L. G. M. Contreras, and H. P. Lara, "Fundamentos para el diseño de la prueba de seguridad electrica para equipo biomedico con base en la norma ntc-iso-iec-60601-1," *Sci. Tech.*, vol. 1, no. 30, 2006.
- [4] A. I. Rúa, D. M. Torres, and J. E. Camacho, "Herramienta de auditoría para la gestión de tecnología biomédica," *Rev. Ing. Biomédica*, vol. 9, no. 18, 2015.
- [5] L. Rey-Ares *et al.*, "Medical devices: from licensing to coverage. highlights from Argentina, Brazil, Colombia and Mexico," *Expert Rev. Med. Devices*, vol. 13, no. 11, pp. 1053–1065, 2016.
- [6] N. Enríquez, Y. Álvarez, D. María Martínez, A. Pérez, A. Lemgruber, and F. N. de citar Enríquez, "Situación de la regulación de los dispositivos médicos en la Región de las Américas Investigación original / Original research," *Rev Panam Salud Publica Pan Am. J. Public Heal.*, vol. 39, no. 5, pp. 238–244, 2016.
- [7] D. M. Zuckerman, P. Brown, and S. E. Nissen, "Medical device recalls and the FDA approval process," *Arch. Intern. Med.*, vol. 171, no. 11, pp. 1006–1011, 2011.
- [8] E. BRIEF, "Top 10 Health Technology Hazards for 2018," 2016.
- [9] H. Ruppel *et al.*, "Attitudes and practices related to clinical alarms: a follow-up survey," *Am. J. Crit. Care*, vol. 27, no. 2, pp. 114–123, 2018.
- [10] C. Camisón, S. Cruz, and T. González, *Gestión de la calidad: conceptos, enfoques, modelos y sistemas.* Prentice Hill, 2007.
- [11] C. P. Carolina, "tecnología biomédica," pp. 41–49, 2015.
- [12] G. Flores, "Cómo disminuir los accidentes en la atención de salud mediante calidad total, uso de computadoras y otras medidas," *Rev Latinoam Derecho Médico y Med. Leg.*, vol. 8, pp. 43–54, 2003.
- [13] D. Rubio, S. Ponce, A. Á. Abril, and E. Fascioli, "Acreditación de Laboratorios de Ensayos de Equipamiento Electromédico," in *IV Latin American Congress on Biomedical Engineering 2007, Bioengineering Solutions for Latin America Health*, 2007, pp. 873–876.
- [14] N. Enríquez, Y. Álvarez, D. M. Martínez, A. Pérez, and A. Lemgruber, "Situación de la regulación de los dispositivos médicos en la Región de las Américas," *Rev. Panam. Salud Pública*, vol. 39, no. 5, pp. 238–244, 2016.
- [15] J. MacSwan, A minimalist approach to intrasentential code switching. Routledge, 2014.
- [16] J. T. Clark and L. Rafuse, Medical Equipment Quality Assurance: Michael Lane.
- [17] D. B. Kramer, S. Xu, and A. S. Kesselheim, "How does medical device regulation perform in the United States and the European union? A systematic review," *PLoS Med.*, vol. 9, no. 7, p. e1001276, 2012.
- [18] Ministerio de Salud y Protección Social, "Decreto 4725 de 2005," *J. Chem. Inf. Model.*, vol. 53, no. diciembre 26, pp. 1689–1699, 2005.
- [19] E. Culma, P. Rojas, J. Muñoz, and L. González, "Estado de la metrología biomédica en Colombia," *CONCAPAN XXXI. IEEE*, 2011.
- [20] I. y T. Ministerio de Comercio, "Decreto 1595 Ago 2015," 2015.
- [21] U. S. F. and D. Administration, "Design control guidance for medical device manufacturers," *Cent. Devices Radiol. Heal.*, 1997.
- [22] A. V Kaplan *et al.*, "Medical device development: from prototype to regulatory approval," *Circulation*, vol. 109, no. 25, pp. 3068–3072, 2004.
- [23] J. C. Guerrero Valencia, "Diseño e implementación de protocolos de validación para equipos médico/quirúrgicos de monitoreo y control," 2016.
- [24] N. T. C. NTC-ISO, "IEC 17025. Requisitos Generales para la competencia de los laboratorios de ensayo y calibración," *Bogotá. Autor*, 2005.
- [25] European Commission, "Meddev 2.7.1 rev3. Guidelines on Medical Devices. Clinical Evaluation: a Guide for Manufacturers and Notified Bodies.," no. April 2003, pp. 1–10, 2009.
- [26] G. A. García Mezones and P. G. Linares Castro, "Comparación de las estructuras de las

- regulaciones sanitarias de dispositivos médicos en Latinoamérica; Argentina, Brasil, Colombia, Cuba y México como Autoridades Reguladoras Nacionales de Referencia Regional (ARNr); con la regulación peruana," 2017.
- [27] Y. Ensayo, B. En, and L. A. Iso, "Calidad En Laboratorios De Calibración," pp. 1–62.
- [28] J. M. Gallego and L. H. Gutiérrez, "El Sistema Nacional de Calidad en Colombia: Un análisis cualitativo del desarrollo del sistema," Inter-American Development Bank, 2016.
- [29] L. V. Acosta López, "Manual de Procedimientos Invima," 2011.
- [30] L. A. Heath, "Technology Assessment of A Telemetry System Dependent Upon Local Broad-Band Digital TV Installation," *J. Clin. Eng.*, vol. 28, no. 1, pp. 23–30, 2003.
- [31] R. Fernandes, R. G. Ojeda, and M. V. Lucatelli, "Ensaios para avaliacao de funcionalidade de oxímetros de pulso," in *Memorias II Congreso Latinoamericano de Ingeniería Biomédica, Habana,* 2001.
- [32] J. Jiménez Pérez, "Desarrollo experimental para la evaluación de interferencias electromagnéticas en el laboratorio." Universitat Politècnica de Catalunya, 2014.
- [33] OECD, "OECD Principles on Good Laboratory Practice," no. 1, pp. 1–41, 2003.
- [34] G. (Suiza) Centro de Comercio Internacional UNCTAD/OMC and L. (RU) Commonwealth Secretariat, "Guía de la Ronda Uruguay para la comunidad empresarial." 1996.
- [35] Fluke Biomedical, "Introducción a las pruebas de seguridad eléctrica: Parte I," vol. 1, pp. 1–4, 2014.
- [36] "NTC-20180320T200533Z-001.".
- [37] P. Jordan, "Standard IEC 62304-Medical device software-Software lifecycle processes," 2006.
- [38] L. R. de Normas, "LISTA REGULATORIA DE NORMAS (Lista de normas reconocidas por el CECMED para la demostración de los requisitos esenciales de seguridad, eficacia y efectividad de Equipos y Dispositivos Médicos)."
- [39] IEC/ISO, "IEC 62366-1: 2015 medical devices—part 1: application of usability engineering to medical devices." IEC/ISO Geneva, 2015.
- [40] J. G. Wester, "Medical Instrumentation: application and desing." New York: John Wiley & Sons, Inc.[Links], 2009.
- [41] ICONTEC, Norma tecnica colombiana NTC-ISO 10012: sistemas de gestion de la medicion requisitos para los procesos de medicion y los equipos de medicion. Icontec, 2003.
- [42] M. Baretich, "Equipment control and asset management," *Clin. Eng. Handb.*, vol. 1, p. 122, 2004.
- [43] M. Carvajal Tejada and C. G. Ruiz Ibañez, "Evaluación técnica y clínica de tecnología biomédica en procesos de adquisición: un enfoque en evaluación de tecnologías en salud," *Rev. Ing. Biomédica*, vol. 2, no. 4, pp. 34–45, 2008.
- [44] L. PH, "COMPARATIVE ANALYSIS OF BIOMEDICAL TECHNOLOGY MANAGEMENT MODELS," *Rev. Ing. Biomédica*, vol. 9, no. 18, pp. 41–49, 2015.
- [45] B. Pharmacopoeia and B. P. Commission, "Medicines and Healthcare Products Regulatory Agency," *London*, vol. 3, no. 6, p. 1844, 2010.
- [46] J. T. Clark, M. Lane, and L. Rafuse, "Medical equipment quality assurance: Inspection program development and procedures," *Equip. Insp. Proced. Defibrillator*, vol. 2, pp. 59–64, 2008.
- [47] I.-I. Norma, "13485: 2005, Dispositivos médicos," Sist. gestión la calidad. Requisitos para fines Reglam.
- [48] I. S. O. S. IEC, "62366-1: 2015 Medical devices part 1: application of usability engineering to medical devices," *Geneva Int. Organ. Stand.*, 2015.
- [49] I. E. C. 60601-1-8, "Medical electrical equipment–Part 1-8: General requirements for basic safety and essential performance–Collateral standard: General requirements, tests and guidance for alarm systems in medical electrical equipment and medical electrical systems." International Electrotechnical Commission, 2006.
- [50] M. D. S. Vitales, "Secretaría de Salud," no. 13, 2005.
- [51] All Power Labs, "Operation manual," Power Pallet Oper. Man. PP20, pp. 1–66, 2016.
- [52] M. Vasco Ramírez, "Desfibrilación externa automática," *Rev. Colomb. Anestesiol.*, vol. 34, no. 2, pp. 113–120, 2006.
- [53] W. Orozco and E. Cardona, Cartilla técnica del desfibrilador. ITM, 2008.
- [54] J. Folgueras et al., "Un desfibrilador bifásico cubano portátil: Características y resultados," Bioingeniería y Física Médiça Cuba., vol. 7, no. 2, pp. 4–10, 2006.
- [55] N. G. ABATE, "MANUAL BÁSICO DEL USO DE AUTOCLAVES."

- [56] L. García-Covarrubias and E. C. Sánchez-Rodríguez, "Terapia con oxigenación hiperbárica, conceptos básicos," *Gac. Med. Mex*, vol. 136, no. 1, pp. 45–56, 2000.
- [57] E. Bahns, "Todo comenzó con el Pulmotor ... Cien años de ventilación artificial."
- [58] A. H. Ardila, M. A. C. Leal, and A. J. S. Gómez, "Diseño y Validación de un Método de Calibración para Unidades de Electrocirugía."

ANEXOS

ANEXO 1 Formato general de protocolo de pruebas de desempeño de tecnología médica

Propietario						Fecha		
Equipo								
Marca	Mo	odelo	Seri	Э		Placa		
Clasificación del riesgo del equipo frente al pacient	e					1 101001	l	
3								
Fuente de alimenta	ción				SI		NO	
CONDICIONE	S AMBII	ENTALES	S PAR	REALIZAR	LAS PRUEBA	S		
Temperatura °C				Hum	nedad % HR			
Manual de usuario				Mar	nual técnico			
IDENTIFICAC	CIÓN DE	PARTES	S Y AC	CSESORIO	S DEL EQUIPO)		
Se realiza una inspección visual del equipo en cual especificaciones dadas por el fabricante.	nto a too	dos sus pa	artes y	accesorios.	Verificando est	ado y ope	erativio	lad según las
PRUEBA DE SEGUR	IDAD E	LÉCTRIC	CA REC	UISITOS G	ENERALES IE	C-60601		
Las pruebas eléctricas se realizan con el fin de garantizar el buen funcionamiento de la tecnología médica y para asegurar la protección del paciente, debido a que un accidente eléctrico con un equipo médico puede dañar tejidos u órganos. Las medidas de seguridad eléctricas para estos, están enfocadas en prevenir la fibrilación y otras anomalías menores. Las normas de seguridad eléctrica requieren que las corrientes que puedan tener contacto con el paciente sean mínimas. La NTC IEC60601 es la norma que debe ser de obligatorio cumplimiento para garantizar la seguridad eléctrica de los equipos médicos.								
Equipo de referencia								
Encargado de medición								
Clasificación								
PR	RUEBAS	SEGÚN	LA NO	RMA IEC60	0601			
	FLUC	TUACION	NES DE	VOLTAJE				
Variable	р	Rango permitido	Valo	or nominal	Valor medido	Pasa/ pas		No Registra
Voltaje		±10% del valor ominal (V)					
Frecuencia	1	Hz(0 HZ- 100Hz) o 1% (100 z-1000Hz						

				PRUEB	SAS DE PO	TENCIA DE ENTRAI	DA		
Variable)	Ra	ngo permiti	do	Medida	Pasa	No Pasa		No Registra
Voltaje		±15% ha	asta 100 V a	1000 V					
Frecuenc	ia		60 Hz		60 Hz				
				PRUE	BA DE LIMI	TACIÓN DE TENSIÓ	N		
PRUE	BA DE	E IMPEDAN	CIA ENTRE	CONEXIÓ		JA DE TOMA CORF SECIBLE	RIENTE Y P	ARTE MET	ÁLICA DE EQUIPO
Variable)	Ra	ngo permiti	do	Medida (Ω)	Pasa	No I	Pasa	No Registra
Impedanc	ia								
PRUE	BA DE	E IMPEDAN	CIA ENTRE	CONEXIÓ		<u> </u> JA DE TOMA CORF SECIBLE	RIENTE Y P	ARTE MET	L ÁLICA DE EQUIPO
Variable	•	Ra	ngo permiti	do	Medida (Ω)	Pasa	No I	Pasa	No Registra
Impedanc	ia								
						RRIENTE DE FUG			
				Límites de	e corriente s I	egún la norma IEC6 I	0601 I		
Corriente	S	Corriente de fuga a tierra mA (A)	Corriente de contacto µA (B)	Corriente de fuga del paciente µA (B)	Corriente de fuga del paciente µA ©	Corriente de fuga del paciente con aplicación de la tensión de línea µA (D)	Corriente auxiliar del paciente µA (E)	Corriente auxiliar del paciente µA (F)	Corriente auxiliar del paciente µA (G)
TIPOB	NC	5	100	100	10		100	10	100
111 OD	CF	10	500	500	50		500	50	500
TIP BF	CN	5	100	100	10		100	10	100
	CF	10	500	500	50	5000	500	50	500
TIPO CF	CN	5	100	10	10		10	10	10
	CF	10	500	50	50	50	50	50	50

MEC	DICIONES A REALIZAR
Voltaje de línea.	
Corriente de equipo.	
Resistencia a tierra.	
Corriente de fuga a tierra.	
Resistencia de aislamiento.	
Corriente de fuga de partes aplicables.	

Corriente de fuga entre partes aplicables.

PRUEBA DE SEG	GURIDAD ELÉCTRICA REQUSITOS PARTICULARES
IEC6060 1-2-19	Incubadoras
IEC6060 1-1-4	Sistemas electromédicos programables
IEC6060 1-2-12	Ventiladores programables para uso médico
IEC6060 1-2-18	Endoscopia
IEC6060 1-1-2	Electrobisturí
IEC6060 1-2-4	Desfibriladores
IEC6060 1-2-22	Láser
IEC6060 1-2-20	Incubadoras de transporte
IEC6060 1-2-17	Gamma
IEC6060 1-2-28	Dispositivos generadores y tubos de rayos x
IEC6060 1-2-5	Ultrasonido
IEC6060 1-2-16	Hemodiálisis
IEC6060 1-2-26	Electromiografía
IEC6060 1-2-10	Estimulador
IEC6060 1-2-30	NIBP
OIML R16-2	Tensiómetros

IDENTIFICACIÓN DE MAGNITUDES A ANALIZAR SEGÚN FUNCIÓN DEL EQUIPO

Se debe definir magnitud con unidad de medida, resolución y rengo de medición. El análisis de las magnitudes se debe hacer con un equipo de referencia totalmente trazable, estableciendo los puntos críticos según el fabricante.

MAGNITUDES

MAGNITUDES	NOMBRE	SÍMBOLO	VALOR DE MEDIDA		
Energía	Joule	J	20 J-180 J		
Frecuencia cardíaca	pulsaciones por minuto	ВРМ	30 bpm-200 bpm		
Humedad relativa	%Humedad relativa	%HR	45%HR- 75%HR		
Temperatura	grados celsius	°C	15 °C-45 °C		
Peso	Kilogramos	kg	0 kg-115 kg/0 kg-35 kg		
Presión	milímetros de mercurio	mmHg	20 mmHg- 20 mmHg		
Presión	Psi	psi	18 psi-40 psi		
Saturación de oxígeno	Saturación de oxígeno	%SPO2	80%-97%		
Volumen/flujo	milímetros por hora	ml/h	400ml /h-90 ml/h/30 ml/h-100 ml/h		

EQUIPOS DE REFERENCIA					
Analizador de desfibriladores Fluke Impulse 7000DP.					
Analizador de electrobisturí Fluke QA-ES II.					
Analizador de flujo de gases Fluke VT Plus.					
Analizador de seguridad eléctrica Fluke ESA620.					
Bloque seco de temperatura Fluke 9103.					
Manómetro de precisión Fluke 700GA4.					
Osciloscopio biomédico Fluke 190M-4.					
Simulador de pulsoximetria Fluke Index 2XLF.					
Simulador de signos vitales Fluke ProSim 8.					
Tacómetro Amprobe TACH-10.					
Termómetro patrón Fluke 54-II B.					
PRUEBAS DE SOFTWARE S	EGÚN LA NOR	MA IEC	62304		
Especificación de variables de entrada y salida					
Rango de trabajo de variables					
Velocidad de ejecución					
PRUEBAS FUNCIONA	MIENTO COE	DA/ADE			
	INITERIO SOF	WARE			
Funcionamiento	Bueno	Male)	Observaciones	
Abren correctamente y presentan lo indicado					
Realizan correctamente el registro y el cierre					
Es necesario datos de autenticidad					
Discriminación de tipo de letra en contraseñas					
Se puede regresar al menú principal luego después de seleccionado una opción					
Almacenamiento de datos ingresados					
Registro de información					
PRUEBAS DE USAE	BILIDAD IEC 62	2366-1			
Con estas pruebas se comprueba que el equipo sea fácil de usar para el personal que lo va a utilizar. Estas pruebas se realizan posteriormente a una capacitación de manejo del equipo. Tomando como referencia el tiempo utilizado por la persona experta en la operatividad del equipo					
FUNCIONAMIENTO G	ENERAL DEL	EQUIPO			
Pruebas	В	ueno	Malo	Observaciones	

FUNCIONAMIENTO GENERAL DEL EQUIPO								
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones					
Tiempo de utilización								
Facilidad en el aprendizaje de utilización								
Facilidad del sistema para ser recordado								
Correcta ubicación de sensores, cables, accesorios								
PRUEBAS DE ALARMAS SEGÚN LA	IEC 6060	1-1-8						
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones					
Encendido del equipo								

Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)							
Desconexión de accesorios							
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado							
PRUEBAS DE CARCASA NORM	IA MIL-STD-	·810					
El equipo debe estar protegido por una carcasa para proteger las partes eléct siguientes pruebas:	ricas y electr	ónicas po	r lo que se debe realizar las				
prueba de impacto: Se realiza estudiando el tipo de impacto sometiendo el er	quipo a choq	ues en dit	rerentes alturas (opcional).				
Prueba de agua: Se realiza el funcionamiento del equipo antes y después de	sumergirlo e	en agua.					
Prueba de Contaminación por fluidos: Se expone el equipo a solventes, líquidos de limpieza, desinfectantes durante determinado tiempo (2 horas) para observar el deterioro de la carcasa.							
INFORME							
El informe se elaborará recopilando los resultados de las pruebas realizadas y funcionamiento de la tecnología médica.	/ un análisis	de estos	para evidenciar el estado de				

ANEXO 2 Protocolo monitor de signos vitales

Propietario						Fecha		
Equipo								
Marca		Modelo		Serie		Placa		NT
						•	•	
	Fuente de al	imentación			SI		NO	
	CONDICIO	NES AMBIEN	NTALES PAR R	EALIZAR LAS	PRUEBAS	I	I	
1	temperatura			H	umedad % HR			
Mar	nual de usuario			N	lanual técnico			
	IDENTIFI	CACIÓN DE F	PARTES Y ACC	SESORIOS DI	EL EQUIPO		1	
	In	spección vis	ual			Bueno	Malo	Observacio nes
Palas adulto								
Cable ECG								
Palas pediátricas	3							
Papel de impresi	ón							
Batería								
Perilla de selecc	ión de energía							
Marcapasos								
Chasis del equip	0							
Enchufe de red y	base de enchufe							
Interruptores								
Fusibles								
Terminales y cor	nectores							
Botón de carga								
Botón de descar	ga							
	Inspección	de aspectos	funcionales			Bueno	Malo	Observacio nes
Indicadores y dis	plays							
Alarmas								
Respuesta a 1m	V							
Señales audibles	3							
Desplazamiento	del papel							
Descarga interna	a de la energía almacenada							
Función de sincr	onismo							
Registrador								
Equipo de refer	encia							
Encargado de n	nedición							
Clasificación de	el equipo							
		Clasific	cación partes a	olicables				
	PALETAS				F(CG		
				l		-		

		FLUCTU	ACIONES DE V	/OLTAJE			
	Variable	Rango p	permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
	Voltaje	(11	alor nominal 0 V)				
Frecuencia		1 Hz (0-100 Hz) o 1% (100- 1000 Hz)					
		PRUEBA DE	LIMITACIÓN	DE TENSIÓN			
NO REGISTRA							
PRUEBA	DE IMPEDANCIA ENTRE CO		CLAVIJA DE T ACCSECIBLE		ENTE Y PARTE N	METÁLICA DE	EQUIPO
	Variable Rango permitido Medida Pasa						No Registra
	Impedancia	< 0	,2 Ω				
		PRUEBAS I	DE CORRIENT	E DE FUGA			
Condición	Tipo BF Límite establecido	Tipo Límite esta	o CF blecido (µA)	Medida (μΑ)	Pasa	No Pasa	No Registra
	(μA)		ν,	,			
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto neutro abierto	10	000				
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto polaridad invertida	10	000				
Corriente de fuga a tierra	Condición normal	50	00				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto tierra abierta	50	00				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	50	00				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto polaridad invertida	50	00				
Corriente de fuga a paciente	Condición normal paciente	1	0				
Corriente de fuga a paciente	Condición primer defecto tierra abierta	5	60				
Corriente de fuga a paciente	Condición primer defecto neutro abierto	5	50				
raga a paolomo	nodio dolono	MAGN	ITUDES A AN	ALIZAR			
Magnitud:							
Unidad:							
Resolución:							
Rango de medi	ción:						
Error máximo p Equipo de refer	permitido según el fabricant rencia	e					
Encargado de r	nedición						
		M	ledición de EK	G			
n	Valor de referencia [bpm]		tura de Medic		Promedio de	Error	% Error
	a as as asserted [apin]	Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3	lecturas		1.2
1							
2							
3							

4												
5												
6												
% Error total						1					F	
/ Error total		Medic	rión	de Satura	ción de	oví	gano (S	DU3/				
	Valor de			ıra de Me		OAI						
n	referencia [% SPO2]			Lectura 2	Lectur	ra	de lec		Error	,	% Err	or
1	70											
2	80											
3	90											
% Error total												
		Med	lició	n de pres	ión no i	nvas	siva (NI	BP)				
	Valor de	Le	ectu	ıra de Me	dición	ición		edio				
n	referencia [mm Hg]	Lectur	a 1	Lectura 2	Lectur 3	a	de lec		Error	ı	% Err	or
1	30											
2	60											
3	90											
4	120											
5	150											
6	180											
7	200											
		Med	dicid	ón de frec	uencia (ard	íaca (Ek	(G)				
	Valor de	Le	ectu	ıra de Me	dición		Prom	edio				
n	referencia [bpm]	Lectur	a 1	Lectura 2	Lectur 3	ra	de lec		Error	,	% Err	or
1	20											
2	40											
3	60											
4	80											
5	100											
6	120											
7	140											
8	160											
9	180											
10	200											

PRUEBAS FUNC	IONAMIENTO SOFTWAR	E	
Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado			
Realizan correctamente el registro y el cierre			
Es necesario datos de autenticidad			
Discriminación de tipo de letra en contraseñas			
Se puede regresar al menú principal luego después de seleccionado una opción			
Almacenamiento de datos ingresados			
Registro de información			
PRUEBAS DE U	JSABILIDAD IEC 62366-1		•
FUNCIONAMIENT	O GENERAL DEL EQUIF	20	
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones
Tiempo de utilización			
Facilidad en el aprendizaje de utilización			
Facilidad del sistema para ser recordado			
Correcta ubicación de sensores, cables, accesorios			No tiene cable ECG
PRUEBAS DE ALARI	MAS SEGÚN LA IEC 6060	1-1-8	
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo			
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)			
Desconexión de accesorios			
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo recomendado			

ANEXO 3 Protocolo de presión flexible

Propietario					Fecha					
Equipo										
Marca		Modelo	Serie		Placa		NT			
	Fuente de alimentación			SI		NO				
	CONDICIONES AMBIENTALES PAR REALIZAR LAS PRUEBAS									
	temperatura	edad % F	IR							
	Manual de usuario	ual técnic	0							
IDENTIFICACIÓN DE PARTES Y ACCSESORIOS DEL EQUIPO										
	Inspección visual				Bueno	Malo	Observaciones			
Palas adulto										
Cable ECG										
Palas pediátricas										
Papel de impresión										
Batería										
Perilla de selección	de energía									
Marcapasos										
Chasis del equipo										
Enchufe de red y ba	ase de enchufe									
Interruptores										
Fusibles										
Terminales y coned	ctores									
Botón de carga										
Botón de descarga										
	Inspección de aspectos fun	cionales			Bueno	Malo	Observaciones			
Indicadores y displa	ays									
Alarmas										
Respuesta a 1mV										
Señales audibles										
Desplazamiento de										
Descarga interna de	e la energía almacenada									
Función de sincron	ismo									
Registrador										
Equipo de referen										
Encargado de med	dición									
Clasificación del e	equipo									
	Oracinoación del equipo									
	FLU	JCTUACIONE	S DE VOLTAJI	.						
	Variable	Rango permitido	Medida	Pasa	No P	asa	No Registra			

		.400/ 11	1	I	Ī	ī
	Valta:	±10% del valor				
	Voltaje	nominal (110				
		V) 1 Hz (0-100				
	Frecuencia	Hz) o 1%				
	(100-1000					
		Hz)	<u> </u>			
	PRUE	BA DE LIMITAC	CION DE TENS	SION		
NO REGISTRA						
PRUEBA DE IMP	EDANCIA ENTRE CONEXIÓN DE CL	T	MA CORRIEN	TE Y PAI	RTE METALICA I	DE EQUIPO ACCSECIBLE
	Variable	Rango permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
	Impedancia	< 0,2 Ω				
	PRUE	BAS DE CORF	RIENTE DE FL	IGA		•
Condición	Tipo BF Límite establecido (μΑ)	Tipo CF Límite establecido	Medida (μA)	Pasa	No Pasa	No Registra
		(μA)				
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto neutro abierto	1000				
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto polaridad invertida	1000				
Corriente de fuga a tierra	Condición normal	500				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto tierra abierta	500				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	500				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto polaridad invertida	500				
Corriente de fuga	Condición normal paciente	10				
a paciente Corriente de fuga	Condición primer defecto tierra	FO				
a paciente	abierta	50				
Corriente de fuga a paciente	Condición primer defecto neutro abierto	50				
Encargado de me		1	1	1		<u>'</u>
Sensibilidad	Región	Activación	Indetermina	ada	Tiempo de	Observaciones
Censionidad	Region	Activacion	macternine	uuu	activación	Observaciones
	Región escapular					
	- Company					
1						
	Región sacra					
1						
	Región calcáneo					
1						
	N	MAGNITUDES A	A ANALIZAR			

2	Región escapular		
2	Región sacra		
2	Región calcáneo		
3	Región escapular		
3	Región sacra		
3	Región calcáneo		
4	Región escapular		
4	Región sacra		
4	Región calcáneo		

	= 1						
	_	_					
5	Región calc	áneo					
·	rtogion calo						
	_						
	-1						
	_	_					
5	Región esca	apular					
		-	ı				
5	Región sacr	a	•				
			1				
		_					
				de tempera	tura		
Rango de medición:		20 °C- 45 ° (C				
Error máximo permition fabricante		1 ° C					
Equipo de referencia Termómetro Fluker							
Encargado de medicio			eatriz Elena (
Encargado de medicio	V	Ingeniera B alor de eferencia		García e Medición		Promedio de lecturas	Error
	V	alor de			Lectura 3		Error
	V	alor de eferencia °C]	Lectura d	e Medición Lectura			Error
N 1 2	V re [20	alor de eferencia °C]	Lectura d	e Medición Lectura			Error
N 1 2 3	20 21 23	alor de eferencia °C]	Lectura d	e Medición Lectura			Error
N 1 2 3 4	20 22 30 33	alor de eferencia °C] 0	Lectura d	e Medición Lectura			Error
N 1 2 3 4 5	20 21 23 31 44	alor de eferencia °C] 0 5 0	Lectura d	e Medición Lectura			Error
N 1 2 3 4	20 22 30 33	alor de eferencia °C] 0 5 0 5	Lectura d	e Medición Lectura 2	Lectura 3		Error
N 1 2 3 4 5	20 21 23 31 44	alor de eferencia °C] 0 5 0 5	Lectura d	e Medición Lectura 2	Lectura 3		Error
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permitic	24 25 33 44 45	alor de sferencia °C] 0 5 0 Med	Lectura d	e Medición Lectura 2	Lectura 3		Error
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición:	20 21 31 32 44 45 do según el	alor de eferencia °C] 0 5 0 Mee	Lectura d	e Medición Lectura 2	Lectura 3		Error
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permition fabricante	20 21 31 34 44 45 do según el	alor de sferencia °C] 0 5 0 Med 0 ° - 90 ° ± 2 °	Lectura d	e Medición Lectura 2	Lectura 3		Error
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permitica fabricante Equipo de referencia	V re [alor de eferencia °C] 0 5 Med 0 ° - 90 ° ± 2 ° Ingeniera B alor de	Lectura d Lectura 1 dición de incl	e Medición Lectura 2	Lectura 3	Promedio de	Error
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permitica fabricante Equipo de referencia Encargado de medición	V re [alor de eferencia °C] 0 5 0 Med 1 2 ° Ingeniera B	Lectura d Lectura 1 dición de incl eatriz Elena d Lectura d Lectura d	Lectura 2 inación (ar García e Medición Lectura	Lectura 3	lecturas	
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permitica fabricante Equipo de referencia Encargado de medición	V re [alor de eferencia °C] 0 5 0 1 1 1 1 1 1 1 1 1 1 1 1	Lectura d Lectura 1 dición de incl eatriz Elena d Lectura d	Lectura 2 linación (ar García e Medición	Lectura 3	Promedio de	
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permition fabricante Equipo de referencia Encargado de medición N	V re [alor de eferencia °C] 0 5 0 1 Mer 2 2 ° Ingeniera B alor de eferencia [°]	Lectura d Lectura 1 dición de incl eatriz Elena d Lectura d Lectura d	Lectura 2 inación (ar García e Medición Lectura	Lectura 3	Promedio de	
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permitica fabricante Equipo de referencia Encargado de medición N 1 2 3	V re [alor de eferencia °C] 0 5 0 5 Med 1 2 ° Ingeniera B alor de eferencia [°]	Lectura d Lectura 1 dición de incl eatriz Elena d Lectura d Lectura d	Lectura 2 inación (ar García e Medición Lectura	Lectura 3	Promedio de	
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permitic fabricante Equipo de referencia Encargado de medició N 1 2 3 4	V re [alor de eferencia °C] O S Med 1 2 ° Ingeniera B alor de eferencia [°]	Lectura d Lectura 1 dición de incl eatriz Elena d Lectura d Lectura d	Lectura 2 inación (ar García e Medición Lectura	Lectura 3	Promedio de	
N 1 2 3 4 5 6 Rango de medición: Error máximo permition fabricante Equipo de referencia Encargado de medición N	V re [alor de eferencia °C] O S Med 1 2 ° Ingeniera B alor de eferencia [°]	Lectura d Lectura 1 dición de incl eatriz Elena d Lectura d Lectura d	Lectura 2 inación (ar García e Medición Lectura	Lectura 3	Promedio de	

6	50					
7	60					
8	70					
9	80					
10	90					
	PRUEBAS DE	SOFTWARE	SEGÚN LA	NORMA IEC 6	2304	•
Especificación de variables de ent	rada y salida					
Rango de trabajo de variables						
Velocidad de ejecución						
	PRUEB	AS FUNCIO	NAMIENTO	SOFTWARE		
Funcionamiento		Bueno			Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan	lo indicado					
Realizan correctamente el registro	y el cierre					
Es necesario datos de autenticida	d					
Discriminación de tipo de letra en	contraseñas					
Se puede regresar al menú princip seleccionado una opción	pal luego después de					
Almacenamiento de datos ingresa	dos					
Registro de información						
	FUNCIO	NAMIENTO	GENERAL	DEL EQUIPO		
Pruebas		Bueno			Malo	Observaciones
Tiempo de utilización						
Facilidad en el aprendizaje de utili	zación					
Facilidad del sistema para ser rec	ordado					
Pruebas		Bueno			Malo	Observaciones
Tipo de alimentación (Red eléctric	ca. batería)					
Magnitud:	Presión ejerci	da (Activacio	ón de senso	res de acuerdo a	a la presión eje	rcida)
Cantidad de sensores						
Alarma visual						
Equipo de referencia						
	I					
	PRIIFR	AS ELINCIO	NAMIENTO	SOFTWARE		

PRUEBAS FUNCIONAMIENTO SOFTWARE								
Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones					
Abren correctamente y presentan lo indicado								
Realizan correctamente el registro y el cierre								
Es necesario datos de autenticidad								
Discriminación de tipo de letra en contraseñas								
Se puede regresar al menú principal luego después de seleccionado una opción								
Almacenamiento de datos ingresados								
Registro de información								

PRUEBAS DE USABILIDAD IEC 62366-1

Con estas pruebas se comprueba que el equipo sea fácil de usar para el personal que lo va a utilizar. Estas pruebas se realizan posteriormente a una capacitación de manejo del equipo. Tomando como referencia el tiempo utilizado por la persona experta en la operatividad del equipo

FUNCIONAMIE	NTO GENERAL DEL EQU	JIPO	
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones
Tiempo de utilización			
Facilidad en el aprendizaje de utilización			
Facilidad del sistema para ser recordado			
Correcta ubicación de sensores, cables, accesorios			No tiene cable ECG
PRUEBAS DE ALA	ARMAS SEGÚN LA IEC 60	0601-1-8	
Pruebas	Bueno	Malo	Observaciones
Encendido del equipo			
Tipo de alimentación (Red eléctrica. batería)			
Desconexión de accesorios			
Valor de parámetros medidos con rangos por fuera de lo			

ANEXO 4 Protocolo desfibrilador

Propietario						Fecha		
Equipo								
Marca		Modelo		Serie		Placa		NT
						•	•	
	Fuente de ali	mentación			SI		NO	
	CONDICIO	NES AMBIEN	TALES PAR RI	EALIZAR LAS	PRUEBAS	I	I	
1	temperatura			Н	umedad % HR			
Mai	nual de usuario			M	lanual técnico			
	IDENTIFIC	CACIÓN DE PA	ARTES Y ACC	SESORIOS DE	EL EQUIPO			
Inspección visual							Malo	Observacio nes
Palas adulto								
Cable ECG								
Palas pediátricas	3							
Papel de impresi	ión							
Batería								
Perilla de selecc	ión de energía							
Marcapasos								
Chasis del equip	0							
Enchufe de red y	base de enchufe							
Interruptores								
Fusibles								
Terminales y cor	nectores							
Botón de carga								
Botón de descar	ga							
	Inspección	de aspectos f	uncionales			Bueno	Malo	Observacio nes
Indicadores y dis	splays							
Alarmas								
Respuesta a 1m	V							
Señales audibles	3							
Desplazamiento	del papel							
Descarga interna	a de la energía almacenada							
Función de sincr	onismo							
Registrador								
	PRUEBA DE SEG		CTRICA REQU -2-4 para Desf		RALES IEC-606	01.	ı	
Equipo de refer	encia	1200000 1	2 1 para 2001	ibinadoros				
Encargado de n	nedición							
Clasificación de	el equipo							
		Clasifica	nción partes ap	olicables				
	PALETAS				E	CG		
				1				

		FLUCTU	ACIONES DE	VOLTAJE				
	Variable	Rango	permitido	Medida	Pasa	N	o Pasa	No Registra
	Voltaje	(11	alor nominal 0 V)					
	Frecuencia	1 Hz (0-100 H	Hz) o 1% (100 0 Hz)	-				
		PRUEBA DE	LIMITACIÓN	DE TENSI	ÓN			
NO REGISTRA								
PRUEBA	DE IMPEDANCIA ENTRI	CONEXIÓN DE (CLAVIJA DE ' ACCSECIBL		RRIENTE Y I	PARTE METÁI	LICA DE	EQUIPO
	Variable	Rango	permitido	Medida	Pasa	N	o Pasa	No Registra
	Impedancia	< 0),2 Ω					
		PRUEBAS	DE CORRIEN	ITE DE FUG	SA .			
Condición	Tipo BF Límite establecido (μΑ)	Tip Límite esta	o CF blecido (µA)	Medid: (µA)	a Pasa	N	o Pasa	No Registra
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defec	to 10	000					
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defec polaridad invertida	to 10	000					
Corriente de fuga a tierra	Condición normal	5	00					
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defec tierra abierta	to 5	00					
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defec neutro abierto	9	00					
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defect polaridad invertida	to 5	00					
Corriente de fuga a paciente	Condición normal pacie		10					
Corriente de fuga a paciente	Condición primer defec tierra abierta	to	50					
Corriente de fuga a paciente	Condición primer defec neutro abierto	to	50					
		MAGN	IITUDES A AI	NALIZAR	<u> </u>	l .		· I
Magnitud:								
Unidad:								
Resolución:								
Rango de medi	ción:							
	ermitido según el fabrio	ante						
Encargado de n	nedición							
		N	ledición de E	KG				
n	Valor de ref	erencia [bpm]	Lectura de	Medición		Promedio	Error	% Error
			Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3	de lecturas		
1	30							
2	60							
3	90							

4	120						
5	150						
6	200						
% Error total		<u> </u>				1	
	Medici	ón de Des	fibrilación				
n	Valor de referencia [J] (50Ω)	Lectura	de Mediciór	1	Promedio	Error	% Error
		Lectura	Lectura	Lectura	_		
1	20	1	2	3			
2	50						
3	100						
4	200						
5	300						
	360						
% Error total		<u> </u>					
	PRUEBAS FUN	CIONAMI	ENTO SOFT	WARE			
		<u> </u>					
Funcionamiento Abren correctamente y presentan lo indicado			Bueno		Malo	Ob	servaciones
	te el registro y el cierre						
Es necesario datos de		-					
	de letra en contraseñas						
	menú principal luego después de						
seleccionado una opci	ión						
Almacenamiento de d	•						
Registro de informació	חנ						
	PRUEBAS DI						
Con estas pruebas se posteriormente a una operatividad del equip	comprueba que el equipo sea fácil de capacitación de manejo del equipo. To	usar para e	el personal q no referencia	ue lo va a util	izar. Estas prue	ebas se re	ealizan
	0			a er tiempo uti	lizado por la pe	ersona ex	perta en la
	FUNCIONAMIE				lizado por la pe	ersona ex	perta en la
					lizado por la pe		perta en la
	FUNCIONAMIE		ERAL DEL E				perta en la
Tiempo de utilización	FUNCIONAMIE Pruebas		ERAL DEL E				perta en la
Tiempo de utilización Facilidad en el aprend	FUNCIONAMIE Pruebas dizaje de utilización		ERAL DEL E				perta en la
Tiempo de utilización Facilidad en el aprend Facilidad del sistema l	FUNCIONAMIE Pruebas dizaje de utilización		ERAL DEL E			Ob	perta en la pservaciones tiene cable
Tiempo de utilización Facilidad en el aprend Facilidad del sistema l	FUNCIONAMIE Pruebas dizaje de utilización para ser recordado	NTO GEN	ERAL DEL I Bueno	EQUIPO		Ob	perta en la
Tiempo de utilización Facilidad en el aprend Facilidad del sistema l	FUNCIONAMIE Pruebas dizaje de utilización para ser recordado sensores, cables, accesorios	NTO GEN	ERAL DEL I Bueno	EQUIPO		Ob No	perta en la pservaciones tiene cable
Tiempo de utilización Facilidad en el aprend Facilidad del sistema p Correcta ubicación de	FUNCIONAMIE Pruebas dizaje de utilización para ser recordado sensores, cables, accesorios PRUEBAS DE ALA Pruebas	NTO GEN	ERAL DEL I Bueno GÚN LA IEC	EQUIPO	Malo	Ob No	perta en la eservaciones o tiene cable ECG
Tiempo de utilización Facilidad en el aprend Facilidad del sistema l Correcta ubicación de	FUNCIONAMIE Pruebas dizaje de utilización para ser recordado sensores, cables, accesorios PRUEBAS DE ALA Pruebas	NTO GEN	ERAL DEL I Bueno GÚN LA IEC	EQUIPO	Malo	Ob No	perta en la eservaciones o tiene cable ECG
Tiempo de utilización Facilidad en el aprend Facilidad del sistema Correcta ubicación de Encendido del equipo Tipo de alimentación (FUNCIONAMIE Pruebas dizaje de utilización para ser recordado sensores, cables, accesorios PRUEBAS DE ALA Pruebas (Red eléctrica. batería)	NTO GEN	ERAL DEL I Bueno GÚN LA IEC	EQUIPO	Malo	Ob No	perta en la eservaciones o tiene cable ECG
Tiempo de utilización Facilidad en el aprend Facilidad del sistema p Correcta ubicación de Encendido del equipo Tipo de alimentación (Desconexión de acces	FUNCIONAMIE Pruebas dizaje de utilización para ser recordado sensores, cables, accesorios PRUEBAS DE ALA Pruebas (Red eléctrica. batería)	NTO GEN	ERAL DEL I Bueno GÚN LA IEC	EQUIPO	Malo	Ob No	perta en la eservaciones o tiene cable ECG

ANEXO 5 Protocolo de pruebas de seguridad eléctrica

Propietario					Fecha	
Equipo					l .	
Marca		Modelo	X Serie	Х	Placa	
Clasificación de	l riesgo del equipo frente al paci	iente	L	llb	l	
Fuente de alime	ntación			SI	Х	NO
FLUCTUACIONE	S DE VOLTAJE				I	
Variable		Rango permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Voltaje		±10% del valor nominal (110 V)				
Frecuencia		1 Hz (0-100 Hz) o 1% (100-1000 Hz)				
	PRU	EBA DE LIMI	TACIÓN DE TE	NSIÓN	l .	
NO REGISTRA PRUEBA D	E IMPEDANCIA ENTRE CONEXI		JA DE TOMA (SECIBLE	CORRIENT	E Y PARTE	METÁLICA DE EQUIPO
Variable		Rango permitido	Medida	Pasa	No Pasa	No Registra
Impedancia		< 0,2 Ω				
	PRI	JEBAS DE CO	DRRIENTE DE	FUGA		
Condición	Tipo BF Límite establecido (μΑ)	Tipo CF Límite establecid (µA)	Medida (μA)	Pasa	No Pasa	No Registra
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto neutro abierto	1000				
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto polaridad invertida	1000				
Corriente de fuga a tierra	Condición normal	500				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto tierra abierta	500				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	500				
Corriente de fuga a carcasa	Condición primer defecto polaridad invertida	500				

ANEXO 6

Informe técnico de pruebas eléctricas autoclave



INFORME TÉCNICO DE PRUEBAS



INTRODUCCIÓN

Las pruebas eléctricas se realizan con el fin de comprobar el cumplimiento de la norma NTC-IEC 60601-1 para asegurar la protección del paciente, debido a que un accidente eléctrico con un equipo médico puede dañar tejidos u órganos[40]. Las medidas de seguridad eléctricas para estos, están enfocadas en prevenir la fibrilación y otras anomalías menores. Las normas de seguridad eléctrica requieren que las corrientes que puedan tener contacto con el paciente sean mínimas. La NTC IEC60601 es la norma técnica colombiana que debe ser de obligatorio cumplimiento para garantizar la seguridad eléctrica de los equipos médicos.

DESARROLLO DE PRUEBAS ELÉCTRICAS

Para el desarrollo de las pruebas de seguridad eléctrica de la autoclave Automat 2400 con capacidad de 24 litros, se aplicará un protocolo desarrollado por el grupo GIBIC de la Universidad de Antioquia que permitirá comparar los valores medidos con los valores límites establecidos por la NTC-IEC60601-1[2].

DESCRIPCIÓN DE EQUIPO

Propietario: Dentomat

Fecha de realización de pruebas: agosto 10 de 2018

Lugar de realización de prueba: Calle 49 sur # 43A 26, instalaciones del fabricante.

Nombre del equipo: Autoclave

Alcance: Comprobar el cumplimiento de la NTC-IEC 60601-1 en la autoclave.

Marca: XXX Modelo: XXX

Serie: No tiene (aún no se le ha asignado.)

Capacidad: 24 litros

DESCRIPCIÓN DEL EQUIPO

Una autoclave odontológica es un dispositivo que sirve para esterilizar instrumental utilizando la evaporación de agua a altas temperaturas y altas presiones, las cuales evitan que el agua llegue a ebullir a pesar de su alta temperatura.

Las autoclaves funcionan permitiendo la entrada o generación de vapor de agua pero restringiendo su salida, hasta obtener una presión interna de 103 kPa, lo cual provoca que el vapor alcance una temperatura de 121 grados celsius. Un tiempo típico de esterilización a esta temperatura y presión es de 15-20 minutos. Las autoclaves permiten verificar su funcionamiento mediante medidores de presión y temperatura[55].

DESCRIPCIÓN DE LA PRUEBA

Inspección visual del equipo para hacer una identificación de sus partes y/o accesorios, con el fin de identificar que no presenten ningún tipo de corrosión o agrietamiento.

1 8 0 3

Tabla 1. Identificación de partes y/o accesorios

IDENTIFICACIÓN DE PARTES Y ACCESORIOS DEL EQUIPO								
Partes y accesorios	Cumple	No cumple	Observación					
Tanque reserva de agua	// X//	Der	Buen estado					
Válvula de seguridad	X		Buen estado					
Alarma de sobrecalentamiento	X		Buen estado					
Alarma de ciclo	Х	611	Buen estado					
Cámara de acero inoxidable	Х	/IEDELI	Buen estado					
Bandejas	Х	950	Buen estado					

PRUEBA DE SEGURIDAD ELÉCTRICA REQUISITOS GENERALES NTC-IEC-60601-1

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

CLASIFICACIÓN DEL EQUIPO

La autoclave es tipo B, debido a que tiene una alimentación interna con una adecuada protección contra corrientes de fuga y una correcta conexión a tierra. Clase I, por tener la protección contra descargas incluyendo una medida de seguridad adicional en la conexión del equipo al conductor de protección de tierra[3].

Fluctuaciones de voltaje

Se realiza la medida de voltaje de la red de alimentación con respecto al conductor simple (tierra), teniendo como valor nominal 110 V y con las respectivas mediciones se obtuvo un valor promedio de 119,5 V; 9,5 > Valor nominal, el cual está entre el rango permitido.

Tabla 2. Fluctuaciones de voltaje

	FLUCTUACIONES DE VOLTAJE								
Variable	Variable Rango permitido Valor nominal Valor medido Pasa/No pasa Reg								
Voltaje	±10% del valor nominal (V)	110	119,5	Pasa					

Prueba límite de tensión

Con esta prueba se realiza la medición de la impedancia entre conexión de clavija del toma corriente y parte metálica del quipo accesible, se obtiene una impedancia de 0,01414 Ω menor al rango permitido que es < 0,2 Ω , lo cual muestra el cumplimiento con el límite establecido.

Tabla 3. Pruebas de limitación de tención

PRUEBA DE LIMITACIÓN DE TENSIÓN							
Variable Rango permitido Medida (Ω) Pasa No Pasa No Registra							
Impedancia	< 0,2 Ω	0,01414	X		11 Ilmore		

Pruebas de corriente de fuga

Para la medida de corriente de fuga de conductor, se realizan las pruebas de:

- Fuga de conductor simple (Fuga de chasis). La fuga de conductor simple, es la medida del flujo de corriente desde el chasis del equipo a través de la carga a tierra de la fuente de alimentación. Esta prueba se hizo con las opciones de polaridad inversa, tierra abierta y neutro abierto.
- Fuga de conductor a tierra. La fuga de conductor a tierra, es la medida del flujo de corriente a través de la carga en serie con el conductor a tierra. Esta prueba se realizó en un lugar donde no había un conector equipotencial del equipo[35].

Tabla 4. Pruebas de corrientes de fuga

99	PRUEBAS DE CORRIENTE DE FUGA							
Condición		Límite establecido (µA)	Medida (μA)	Pasa	No Pasa	No Registra		
Corriente de	Condición primer defecto neutro abierto	1000	88	Х	E			
fuga a tierra	Condición primer defecto polaridad invertida	1000	202	Х	0			
T 7	Condición normal	500	259	X	A			
Corriente de	Condición primer defecto tierra abierta	500	259	Х	A			
fuga a carcasa	Condición primer defecto neutro abierto	500	259	Х		- A		
I) H	Condición primer defecto polaridad invertida	500	259	Х		IA		

La tabla 4 muestra el límite de corriente establecido y las corrientes medidas para cada una de las condiciones. Se puede observar que todas las corrientes son inferiores al límite establecido.

OBSERVACIONES

Las pruebas eléctricas se realizaron en 6 repeticiones, esto con el fin de detectar variación en el valor de cada prueba. Los valores obtenidos fueron estables por lo que el equipo bajo prueba, la autoclave da cumplimiento a la NTC-IEC 60601-1.

BEATRIZ ELENA GARCÍA VÁSQUEZ INGENIERA BIOMÉDICA ESTUDIANTE DE MAESTRÍA EN INGENIERÍA ÁREA BIOINGENIERÍA GRUPO GIBIC LINEA INGENIERÍA CLÍNICA



INFORME TÉCNICO DE PRUEBAS



INTRODUCCIÓN

Las pruebas eléctricas se realizan con el fin de comprobar el cumplimiento de la norma NTC-IEC 60601-1 para asegurar la protección del paciente, debido a que un accidente eléctrico con un equipo médico puede dañar tejidos u órganos[40]. Las normas de seguridad eléctrica requieren que las corrientes que puedan tener contacto con el paciente sean mínimas. La NTC IEC60601 es la norma técnica colombiana que debe ser de obligatorio cumplimiento para garantizar la seguridad eléctrica de los equipos médicos.

Para el desarrollo de las pruebas de desempeño del prototipo de presión flexible, se aplicará un protocolo desarrollado por el Grupo de Investigación en Bioinstrumentación e Ingeniería Clínica GIBIC de la Universidad de Antioquia que permitirá comparar los valores medidos con los límites establecidos por la normatividad y especificaciones dadas por el fabricante.

Fecha de realización de la prueba: 29 de marzo de 2019

Lugar de realización de prueba: Laboratorio de tecnología médica, grupo GIBIC

Nombre del equipo: prototipo de presión flexible

Alcance: Desarrollo de pruebas de desempeño de la tecnología médica

DESCRIPCIÓN DE EQUIPO

Prototipo flexible de medición de distribución de presión: Sistema que consta de una manta flexible y elástica, analizadores de múltiples señales (presión flexible, temperatura y angulación), un software de medida y 4136 sensores de presión debidamente distribuidos en 5 regiones (escapular (2), sacra, calcáneo (2)), Este prototipo detecta la presión constante y excesiva sobre la piel y los tejidos, mide la temperatura del paciente y detecta la posición en la que se encuentra.

Este es un prototipo del grupo GIBIC, se hace la evaluación de desempeño de 4 mantas, llamadas por el fabricante como IPS_1, IPS_2, IPS_3, IPS_4.

DESCRIPCIÓN DE PRUEBAS

Inspección visual del equipo: Esta prueba se realiza para hacer una identificación de sus partes y/o accesorios; con el fin de identificar que no presentan ningún tipo de corrosión o agrietamiento.

Tabla1. Identificación de partes y/o accesorios

Inspección visual	Tiene	No tiene	Observaciones
Tela carrflex	Х		
Fuente de alimentación	Х		
Caja de control	Х		TTT
Conector de la caja de control a la manta	Х		
Indicador de conexión a WiFi (verde)	X		
Antena WiFi	Х		
Alarmas en software incorporadas	X	2	

La inspección visual de las 4 mantas de presión flexible en sus partes y accesorios es satisfactoria.

PRUEBA DE SEGURIDAD ELÉCTRICA REQUISITOS GENERALES

Equipo de referencia utilizado para la medición: Analizador de seguridad eléctrica Fluke ESA620.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

CLASIFICACIÓN ELÉCTRICA DEL EQUIPO

Prototipo de presión flexible es tipo B, debido a que tiene una alimentación interna con una adecuada protección contra corrientes de fuga y una correcta conexión a tierra. Clase I, por tener protección contra descargas incluyendo una medida de seguridad adicional en la conexión del equipo al conductor de protección de tierra.

Fluctuaciones de voltaje

Se realiza la medida de voltaje de la red de alimentación con respecto al conductor simple (tierra), teniendo como valor nominal 110 V.

Tabla 2. Fluctuaciones de voltaje

	FLUCTUACIONES DE VOLTAJE									
Variable	Rango permitido	prototipo de presión flexible	Valor medido (V)	Pasa	No pasa	No Registra				
Voltaje	115 V-117 V	IPS_1	123,40	Х	IF					
nominal	KBHO	IPS_2	123,00	Χ	R					
Voltaje	±10 % del valor nominal (V)	IPS_3	123,00	X	200					
	0	IPS_4	123,40	Х						

En las pruebas de seguridad eléctrica, en la sección de fluctuación de voltaje para las 4 mantas, las mediciones son satisfactorias,

Pruebas de limitación de tensión

Con esta prueba se realiza la medición de la impedancia entre conexión de clavija del toma corriente y parte metálica del equipo accesible

Tabla 3. Pruebas de limitación de tensión

	PRUEBA DE LIMITACIÓN DE TENSIÓN								
Variable	Rango permitido	prototipo de presión flexible	Medida (Ω)	Pasa	No Pasa	No Registra			
Impedancia	< 0,2 Ω	IPS_1	1,30		Х				
		IPS_2	0,53		Х				
		IPS_3	0,13	Х					
		IPS_4	0,36		Х				

La medición de la impedancia entre conexión de clavija del toma corriente y parte metálica del quipo accesible para, IPS_3 se encuentra en el límite permitido pero la medición para IPS_1, IPS_2 e IPS_4 sobrepasan el límite, los valores medidos son > 0,2 Ω .



Tabla 4. Pruebas de corrientes de fuga

PRUEBAS DE CORRIENTE DE FUGA							
C	ondición	Límite establecid o (µA)	prototipo de presión flexible	Medid a (µA)	Pas a	No Pasa	No Registr a
			IPS_1	104,6	Χ		
			IPS_2	103,9	Х		
Corriente de fuga a tierra	Condición primer defecto neutro abierto	1000	IPS_3	103,9	x		
			IPS_4	103,9	X		
			IPS_1	0,4	X		
			IPS_2	7,8	Х		
	Condición primer defecto polaridad invertida	1000	IPS_3	0,5	X		
			IPS_4	0,5	X		
	Condición normal	1000	IPS_1	0,1	X		
Corriente de fuga a tierra		1000	IPS_2	0,1	X		

	Condición normal	1000	IPS_3	0,1	X		
		1000	IPS_4	0,1	X		
Corriente de fuga a	Condición normal	500	IPS_1	0,4	X		
carcasa			IPS_2 IPS_3 IPS_4	15,2 112,1 0,4	X X		
	1 P	500	IPS_1	0,4	X	3	
Corriente	Condición		IPS_2	0,5	X	2	
de fuga a carcasa	primer defecto tierra abierta	500	IPS_3	0,5	x 2	3	
0		750	IPS_4	11,3	X	Ro	
		74 1	IPS_1	0,4	X	A .	
Corriente							
de fuga a carcasa	Condición	500	IPS_2	15,2	X		- A
	primer defecto neutro abierto		IPS_3	0,5	Х		A
		, _	IPS_4	11,4	Х		
		500	IPS_1	0,5	X		
Corriente de fuga a	Condición	500	IPS_2	0,3	X		
carcasa	primer defecto polaridad invertida	500	IPS_3	111,8	X		

		500	IPS_4	22,3	Х			
	SQ.	0020	Commercial Confession of the C	D. 39) 6-7~ (B		
	87/1	10	IPS_1	0	X	5		
	يحي.		WENT !	Man	34	HB		
	00	10	IPS_2	0	X			
	~ 30° ~ 4	YRII)				M	PL.	
	Condición normal paciente	10	IPS_3	0	X	a /	THE THE	
		7 // //	Dark		11		ZYJ.	
		10	IPS_4	0	X	#	77	
		// // <i>3</i> /		0[B]	\^\\	MI	(1)	
Corriente de fuga a		50	IPS_1	0	X	\mathbb{H}	VB.	
paciente	〈 漫()		150	<u></u>	^		即是	
	N. E. J. I.	50	IPS_2	0	X		07) 9	
	Condición	16, 113)	Refe /		()	.	ΛĒ(
	primer defecto	50	IPS_3	0 1	X	#		
	tierra abierta	11 14			// /	<i> }</i>	158	
	974	50	IPS_4	0	Х	نررر ۲	36	
	Sold of the second	111					550 JV	
	WHY ST	50	IPS_1	0	X	\ <u>.</u>	Δa	
	30118			310	820)	MY		
	ORTIK.		05:15	三人	STE	23) B_	
	STEDIO	50	IPS_2	0	Х	775	100 E	
	2742 X	< > >	SOUTH THE	5		-00	Jan 1	
	Candinián		700				2.0	
_	Condición primer defecto	50	IPS_3	0	Χ			
	neutro abierto							
		VI		VO				
		50	IPS_4	0	X			
	A In	TO T						
	H. 🕰							

Para PS_1, PS_2, PS_3, PS_4, las mediciones de corrientes de fuga son aceptables por no sobrepasar el límite establecido.

ACTIVACIÓN DE LOS SENSORES DE PRESIÓN FLEXIBLE

Equipo de referencia utilizado para la medición: Se utilizan masas de madera con peso determinado de 5 kg. Ver imagen 2.

Encargado de la medición: Ingeniera Beatriz Elena García Vásquez

El prototipo de presión flexible se divide en 5 regiones.





Imagen 1. Regiones de la manta

Para realizar esta prueba se aplicó una presión constante en todas las regiones para poder observar en el software la activación de los sensores.



La prueba de activación de sensores fue realizada con un apilable de15 kg en cada una de las regiones de cada manta.

Manta IPS_1

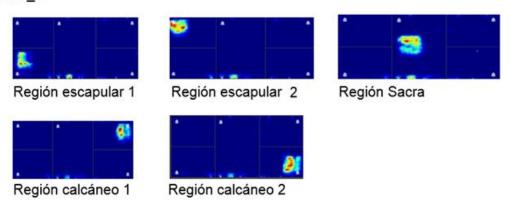


Imagen 3. Presión ejercida IPS_1.

Manta IPS_2

Para esta manta, el software no detectó ninguna señal, no se logró conexión entre el dispositivo y el software.



Manta IPS_3

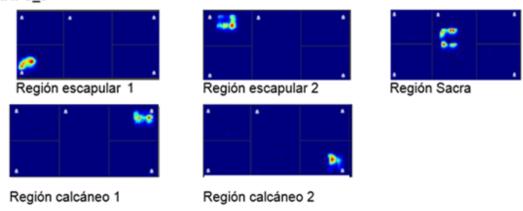


Imagen 4. Presión ejercida IPS_3

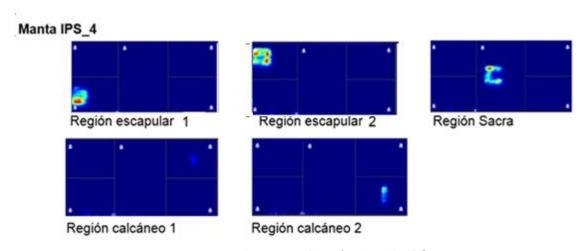


Imagen 5. Presión ejercida IPS_4

Los resultados para las mantas IPS_1 e IPS_3 fueron conformes, ya que se observó la activación de los sensores en las 5 regiones, en el software se detectó presión ejercida, se debe aclarar que los fabricantes aún no han definido los rangos de presión ni unidades en la que se detecta. Para el prototipo IPS_2 no se detectó ninguna conectividad entre la manta y el software por lo que no se realizó esta prueba y para IPS_3 la detección de la presión en la región calcáneo fue muy débil.

PRUEBA DE SENSIBILIDAD

La sensibilidad es generada por la activación de los sensores que componen cada región, donde 1 es menor sensibilidad y 5 mayor sensibilidad. Para esta prueba se ejerció una presión igual en cada una de las regiones de la manta por cada nivel.



A continuación se evidencia la activación de la alarma en la región y en el nivel que se encuentra

PS_1, IPS_3, IPS_4

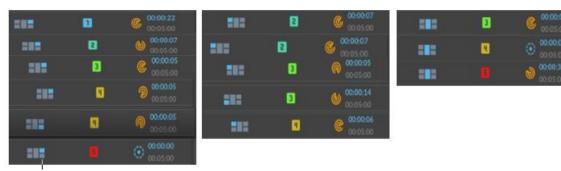


Imagen 6. Activación de alarma.

El comportamiento de la alarma, es decir de la activación de esta en el software de acuerdo a la sensibilidad tuvo un comportamiento estable para la IPS_1, IPS_3, IPS_4. En la región Calcáneo se activó la alarma para todas las sensibilidades, en la región escapular se activó la alarma para las sensibilidades 2, 3,4 y en la región sacra para las sensibilidades 3, 4,5.

MEDICIÓN DE TEMPERATURA

El prototipo cuenta con 3 sensores de temperatura en donde el rango de trabajo es 20 °C – 45 °C. Para realizar la prueba de desempeño de temperatura se utiliza un equipo de referencia de temperatura. Actualmente el software no tiene configurada esta variable, por lo que no fue posible realizar esta prueba, ya que no se puede determinar la temperatura que tiene el prototipo. En la tabla 5 se evidencia el protocolo para la evaluación de esta magnitud.

Rango de medición: 20 °C- 45 °C

Error máximo permitido según el fabricante: 1 °C

Equipo de referencia: Termómetro Fluke

Tabla 5. Medición de temperatura

n	Valor referencia	de	Lectura de Medición		Promedio lecturas	de	Error	
	[°C]		Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3			
1	20							
2	25							
3	30							
4	35							
5	40							
6	45							

MEDICIÓN DE ANGULACIÓN

El prototipo cuenta con sensores de angulación para detectar la inclinación en la que se encuentra la cama donde se coloca la manta. Para realizar la evaluación de desempeño es con un Inclinó metro digital que sea totalmente trazable. En la tabla 6. Se evidencia el protocolo para realizar esta prueba.

Rango de medición: 0° - 90°

Error máximo permitido según el fabricante: ± 2°

Equipo de referencia: Inclinómetro digital Bush inclinómetro

Tabla 6. Medición de angulación

n	Valor de	Lectura de Medición			Promedio de lecturas	Error
	referencia [°]	Lectura 1	Lectura 2	Lectura 3		
1	0					
2	1					
3	20					
4	30					
5	40					
6	50					
7	60					
8	70					
9	80					
10	90					

PRUEBAS DE SOFTWARE IEC 62304

Para el prototipo IPS_2 no se realizaron estas pruebas debido a que el software no detectaba ninguna señal.

Tabla 7. Prueba de Software

	~		
Funcionamiento	Bueno	Malo	Observaciones
Abren correctamente y presentan lo indicado	Х		
Realizan correctamente el registro y el cierre	Х		
Es necesario datos de autenticidad	Х		
Discriminación de tipo de letra en contraseñas	Х		
Se puede regresar al menú principal luego después de seleccionado una opción	х		
Almacenamiento de datos ingresados	Х		
Registro de información	Х		

Las pruebas de software para IPS_1, IPS_3, IPS 4 fueron satisfactorias para las variables de entrada y salida; con las pruebas de usabilidad se comprobó que el software es de fácil entendimiento para el operador.

PRUEBAS DE ALARMAS

Estas pruebas se realizan basadas en a IEC 6601-1-8, con el fin de validar las alarmas visuales, auditivas que pueda tener el equipo[49].

IPS_1, IPS_3, IPS_4

Tabla 8. Prueba Alarmas

Alarma	Bueno	Malo	Observaciones
Indicador de conexión WiFi	X		
Presión prolongada, alarma visual	X	111	

PRUEBAS DE USABILIDAD

IPS_1, IPS_2, IPS_3, IPS_4

Tabla 9. Prueba de usabilidad

FUNCIONAMIENTO GENERAL DEL EQUIPO							
Pruebas	Buen	Mal o	Observaciones				
Tiempo de utilización	X	60/	11 11L7E(
Facilidad en el aprendizaje de utilización	X	1/1	// /// Э≥				
Facilidad del sistema para ser recordado	X		/ //P DOS				

Estas pruebas fueron realizadas al personal que va utilizar el equipo después de la capacitación de funcionamiento. Tomando como referencia el tiempo utilizado por la persona experta en la operatividad del equipo[39].

UNIVERSIDAD DE ANTIQUIA

OBSERVACIONES

A pesar de que la presión ejercida en cada una de las regiones se realizó con una masa de igual peso, no se evidencia un comportamiento repetible la visualización en el software. En la región calcáneo de IPS_1 se observa una imagen mucho más intensa que las de la región calcáneo de IPS_3 y en la imagen de la región calcáneo de IPS_4 es muy poco perceptible.

Si se parte del concepto dado por el fabricante de que la sensibilidad es la capacidad de cada región de la manta para desencadenar una alarma, donde 1 es el nivel de menos sensibilidad y 5 el de mayor sensibilidad. Lo esperado al ejercer una presión constante en todas las regiones de IPS_1, IPS_3, IPS_4 es que la activación de la alarma tenga un comportamiento igual para cada una. Los Resultados de obtenidos muestran que las sensibilidades para cada IPS varían en algunas regiones.

Para realizar la prueba de activación y de sensibilidad de sensores se observó que tenía una mejor respuesta cuando se ejercía presión sobre una superficie plana, inicialmente se ejerció presión en una colchoneta que se encontraba sobre la manta y no hubo activación de los sensores.

BEATRIZ ELENA GARCÍA VÁSQUEZ INGENIERA BIOMÉDICA ESTUDIANTE DE MAESTRÍA EN INGENIERÍA ÁREA BIOINGENIERÍA GRUPO GIBIC LINEA INGENIERÍA CLÍNICA

UNIVERSIDAD DE ANTIOQUIA 1 8 0 3