

Licenza d'uso gratuita concesso in ottemperanza al Decreto Cura Italia (DL 17 marzo 2020 n° 18).

Licenza d'uso gratuita concessa in ottemperanza al Decreto Cura Italia (O.L. 17 marzo 2020 nr 18)

Licenza d'uso gratuita concessa in ottemperanza al Decreto Cura Italia (DL 17 marzo 2020 n°18)

Licenze di uso gratuite concesse in ottobre/ottobre al Decreto Cura Italia (DL 17 marzo 2020 n° 18)		
INDICE		
1	PREMessa	1
2	INTRODUZIONE	2
3	SCOPO E CAMPO DI APPLICAZIONE	2
4	RIFERNIMENTI NORMATIVI	2
5	TERMINI E DEFINIZIONI	2
6	CLASSIFICAZIONE	3
7	REQUISITI	3
7.1	Generalità	3
7.1.1	Materiale e costruzione	3
7.1.2	Progettazione	4
7.1.3	Requisiti di prestazione	4
7.2	Generalità	4
7.2.1	Efficienza di filtrazione batterica (BFE)	4
7.2.2	Respirabilità	4
7.2.3	Resistenza all'acqua	4
7.2.4	Polizia monistica (Biotester)	4
7.2.5	Incompatibilità	5
7.2.6	Respiro dei requisiti di prestazione	5
7.2.7	Respiro dei requisiti di prestazione per le misurazioni fiscali ad uso medico	5
7.2.8	Request di prestazione per le misurazioni fiscali ad uso medico	5
8	MARCATURA, ETICHETTatura E IMBALLAGGIO	5
A	INFORMAZIONI PER GLI UTILIZZATORI	6
B	METODO PER LA DETERMINAZIONE IN VITRO DELL'EFFICIENZA DI FILTRAZIONE BATTERICA (BFE)	7
B.1	Generalità	7
B.2	Prerequisiti	7
B.3	Reagenti e materiali	7
B.4	Apparecchiature di prova	8
B.5	Procedimenti	8
B.6	Protezione batterica di prova	8
B.7	Appunti:	8
B.7.1	Degenerazione degli stati dell'impattozio e cascata.	8
B.7.2	Procedimento	9
B.8	Appunti:	9
B.8.1	Principio dell'apparecchiatura di prova BFE	9
B.8.2	Posizionamento del prova sull'impattozio a cascata.	10
B.8.3	Protezione della membrana di filtrazione batterica (BFE)	10
B.8.4	Rapporto di prova	11
B.8.5	Appunti: esempio di apparecchiatura per la prova BFE	11
C	METODO PER LA DETERMINAZIONE DELLA RESPIRABILITÀ PRESSURE DIFFERENZIALE (C1)	12
C.1	Principio	12
C.2	Appunti:	12
C.2.1	Apparecchiatura di prova per la misurazione della pressione differenziale.	12
C.2.2	Apparecchiatura di prova	12
C.3	Proveni	13
C.4	Procedimento	13

Licenza d'uso gratuita concessa in ottemperanza al Decreto Cura Italia (D.L. 17 marzo 2020 nr 18)

Licenza d'uso gratuita concessa in ottemperanza al Decreto Cura Italia (DL 17 marzo 2020 n° 18)

INTRODUZIONE	
La trasmissione di agenti infettivi durante le procedure chirurgiche nelle sale operatorie e in altre attività mediche può avvenire in diversi modi. Le fonti sono, ad esempio, nasi e bocche dei membri dell'equipaggio chirurgico. Il principale utilizzo previsto delle maschere facciali è quello di proteggere il personale medico e le persone sanitarie da agenti infettivi, in determinate circostanze, di proteggere chi le indossa da spruzzi di liquidi potenzialmente contaminati. Le maschere facciali ad uso medico possono anche essere destinate ad essere indossate dai pazienti e da altre persone per ridurre il rischio di diffusione delle infezioni, in particolare in situazioni epidemiche o pandemiche.	
1 SCOPO E CAMPO DI APPLICAZIONE	
Il presente documento specifica la costituzione, la progettazione, i requisiti di prestazione e i metodi di prova per le maschere facciali ad uso medico destinate a limitare la trasmissione di agenti infettivi dal personale ai pazienti durante le procedure chirurgiche e altre attività mediche. Inoltre, le maschere facciali ad uso medico possono fornire una barriera microbica appropriata può anche essere efficace nell'ridurre l'emissione di agenti infettivi dal naso e dalla bocca di un portatore asintomatico o di un paziente con sintomi clinici.	
La presente norma europea non si applica alle maschere destinate esclusivamente alla protezione individuale del personale.	
Note:	Sono disponibili norme per le maschere da utilizzare come dispositivi di protezione individuale per le vie respiratorie.
	L'appendice A fornisce informazioni per gli utilizzatori di maschere facciali ad uso medico.
2 RIFERIMENTI NORMATIVI	
Nel testo si fa riferimento ai seguenti documenti in modo tale che il loro contenuto, in tutta o in parte, è essenziale per la corretta applicazione. I riferimenti sono indicati con il titolo del documento, la data di pubblicazione e, se disponibile, i riferimenti dati, si applica esclusivamente all'edizione citata. Per i riferimenti non datati vede l'ultima edizione del documento a cui fa riferimento (compresi gli aggiornamenti).	
EN ISO 10993-2009 Biological evaluation of medical devices - Part 1: Evaluation and interpretation of animal data and other information on safety	
EN ISO 11737-1:2018 Sterilization of health care products - Microbiological methods - Part 1: Determination of a population of microorganisms on products	
ISO 22689:2004 Guide for testing against infectious agents - Medical face masks - Test method for resistance against penetration by synthetic blood (fixed volume, horizontally projected)	
3 TERMINI E DEFINIZIONI	
Ai fini del presente documento si applicano i termini e le definizioni seguenti. Per l'utilizzo in ambito normativo l'ISO e l'IEC dispongono di banche di terminologie ai seguenti indirizzi: <ul style="list-style-type: none">- IEC Encyclopedia: disponibile all'indirizzo http://www.electropedia.org- ISO Online browsing platform: disponibile all'indirizzo http://www.iso.org/guide	
3.1	aerosoli. Sospensione gassosa di particelle solide o liquide.
3.2	efficienza di filtrazione batterica, BFE. Efficienza del materiale delle maschere facciali ad uso medico come barriera alla penetrazione batterica.
Note:	I metodo di prova BFE è utilizzato per misurare l'efficienza di filtrazione batterica (BFE) dei materiali per maschere facciali ad uso medico.
UNI	
UNI EN 14605:2019	
G.011	
Pagina 2	

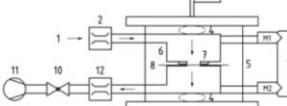
3.3	biocompatibilità: Qualità di essere accettati in uno specifico ambiente vivente senza effetti collaterali negativi o indesiderati.
3.4	Talco: Assenza di sostanze estranee indesiderate. Nota 1: Talco assente possono essere microparticelle, residui organici o particolati.
3.4.1	polizia microbica: Assenza di popolazione di microrganismi vitali su un prodotto e/o un embalaggio. Nota 1: Nell'uso prenotato, la polizia microbica è definita "carica microbiologica (bioburden)".
3.5	unità formata colonia, UFC: Unità con cui è espresso il numero di microrganismi culturabili. Nota 1: Il numero culturabile è il numero di microrganismi, singole cellule o aggregati, in grado di formare colonie su un terreno nutritivo solido.
3.6	pressione differenziale: Permeabilità all'aria della mascherina, misurata determinando la differenza di pressione attraverso la mascherina in specifiche condizioni di flusso d'aria, temperatura e umidità.
3.6	Nota 1: La pressione differenziale è un indicatore della "respirabilità" della mascherina.
3.7	Filtro: Materiale utilizzato per la separazione meccanica e fisica o la deposizione di particelle di aerosol (liquido o solido) dall'aria insalata ed espirata.
3.8	agente infettivo: Microrganismo che si è dimostrato causa di infezioni da fibre chirurgiche o che potrebbe causare un'infezione nel paziente, ai membri del personale o altri.
3.9	maschera facciale ad uso medico: Dispositivo medico che copre la bocca e il naso fornendo una barriera per ridurre al minimo la trasmissione diretta di agenti infettivi tra i personale e il paziente.
3.9	Nota 1: La trasmissione di agenti di origine fluida dai pazienti al personale può avvenire tramite spruzzi.
3.10	resistenza agli spruzzi: Capacità di una mascherina facciale ad uso medico di resistere alla penetrazione di sangue sintetico proiettato ad una data pressione.
3.11	procedura chirurgica: Intervento chirurgico che penetra le pelli o le mucose, eseguito da un/e chirurgo/e in condizioni ambientali controllate.
4	CLASSIFICAZIONE Le mascherine facciali ad uso medico specificate nella presente norma europea sono classificate in due tipi (Tipo I e Tipo II) sulla base dell'efficienza di filtrazione batterica, mentre il "Tipo III" indica la capacità di soddisfare a seconda che la mascherina sia resistente o meno agli spruzzi. La "R" indica la resistenza agli spruzzi.
5	REQUISITI
5.1	Generalità
5.1.1	Materiali e costruzione La mascherina facciale ad uso medico è un dispositivo medico, generalmente composto da uno strato filtrante che viene posizionato, incollato o modellato tra gli strati di tessuto. La mascherina facciale ad uso medico non deve disgregarsi, rompersi o strapparsi durante l'uso preveduto. Nella scelta dei materiali del filtro e dello strato, si deve prestare attenzione alla pulizia.

APPENDICE C METODO PER LA DETERMINAZIONE DELLA RESPIRABILITÀ (PRESSIONE DIFFERENZIALE)
C.1 Principio

Un dispositivo che misura la pressione differenziale necessaria per far passare l'aria attraverso una superficie misurata ad una portata d'aria costante è utilizzato per misurare la pressione di ricambio scambiata con l'esterno della maschera facciale ad uso medico, come descritto nel punto C.1. Per questo la prova si basa su un manometro o un manometro differenziale d'acqua (o digitale). Per la misurazione del flusso d'aria si utilizza un misuratore di portata massica. Una pompa per vuoto elettrica aspira l'aria dalla parte dell'apparecchiatura di prova e una valvola ad agito è usata per regolare la portata d'aria.

C.1.1 Apparecchiatura di prova per la misurazione della pressione differenziale

- 1 Ingresso dell'aria
- 2 Misuratore di portata massica
- 3 Leva per il bloccaggio meccanico
- 4 Sistema per la regolazione finale della pressione (sta in alto che in basso)
- 5 Manometro o manometro differenziale delle 2 parti del portacampioni
- 6 Portacampioni con meccanismo di tenuta metallico
- 7 Anello metallico (spessore 3 mm)
- 8 Aria/aria filtrata
- 9 Manometro differenziale o manometri M1 e M2
- 10 Valvola
- 11 Pompa per vuoto con serbatoio tampone a pressione
- 12 Misuratore di portata massica per il controllo delle perdite (facoltativo)

**C.2 Apparecchiatura di prova**

- C.2.1** Misuratore di portata massica in grado di misurare un flusso d'aria di 8 l/min.
C.2.2 Manometro, un manometro differenziale (ad acqua o digitale). Si possono utilizzare anche manometri individuali. M1 è per la misura della pressione a monte e M2 è per la misura della pressione a valle.
C.2.3 Pompa per vuoto elettrica con serbatoio tampone a pressione.
C.2.4 Valvola che permette la regolazione della portata.

I dati della classifica UNI Pagina 12

C.2.5 Portacampioni

I portacampioni deve essere costituito da un sistema di bloccaggio meccanico e dall'alimentamento del portacampioni superiore e inferiore.

C.2.5.1 I portacampioni deve essere costituito da un meccanismo per regolare la pressione di ricambio. Un sistema di tenuta d'acqua deve essere usato sia nella parte inferiore che nella superiore del portacampioni.

C.2.5.2 Il diametro interno del supporto superiore e del supporto inferiore nella zona di contatto con il materiale filtrante deve essere di (25 ± 1) mm.

C.2.5.3 La tenuta del supporto superiore e inferiore sul materiale del filtro deve essere costituita da un contatto metallo-metallo.

C.2.5.4 Sul supporto superiore è fissato un anello metallico di diametro interno di (10 ± 1) mm e di circa 3 mm di spessore. Il supporto inferiore è costituito da una superficie metallica attorno alla quale viene applicato un gommino di poliuretano e un'elica di 3 mm interno al diametro aperto. Materiali come la gomma o il poliestere non formano una tenuta sufficiente e possono deformarsi nell'area di prova.

C.2.5.5 La consolle dell'apparecchiatura di prova deve consistere in una tavoletta di prova. Un secondo flusso (12) posto immediatamente prima della valvola (10) consente di valutare una perdita d'aria dall'interno dell'apparecchiatura di prova. Con il portacampioni chiuso e il portacampioni aperto il flusso deve essere di 8 l/min. Dopo 1 minuto dal primo flusso (12). Se non sono perdite, entrambi i flussi dovrebbero leggere 8 l/min.

Un altro controllo deve consistere nell'entrata d'aria in entrata quando entrambi i flussi dovrebbero leggere 8 l/min. Dopo alcuni secondi entrambi i flussi dovrebbero indicare 0 l/min se non ci sono perdite.

C.3 Profili

I provini sono maschere complete e devono essere tagliati da maschere complete. Se si tratta di una maschera composta, rimuovere la estensione e stendere la maschera piatta con tutti gli strati insieme. Ogni provino deve essere in grado di fornire diverse aree di prova con dimensioni differenti. Un provino deve avere un diametro minimo di prova di 25 mm di diametro. Il numero di aree di prova necessarie dovrebbe essere rappresentativo per l'intera maschera. Per le maschere spesse e rigide il metodo di prova può non essere adeguato. In questo caso si consiglia di utilizzare un provino più piccolo nel provino. Il numero di provini che devono essere sottoposti prova a monte è 5, ma può essere maggiore e deve essere aumentato se necessario per consentire un AQL del 4%. Tutti i provini sono da provare ed essere prelevati da area di appoggio della maschera. Non è consentito di appoggiare la maschera su superfici diversamente. Se non diversamente specificato, la prova deve essere eseguita con la direzione del flusso d'aria dall'interno della maschera verso l'esterno della maschera.

Ogni provino deve essere condizionato a (21 ± 5) °C e (85 ± 5)% di umidità relativa per almeno 4 ore.

C.4 Procedimento

Senza un provino in posizione, il portacampioni è chiuso e il manometro differenziale è aperto. La pompa è avviata e il flusso d'aria è regolato a 8 l/min.

C.4.1 Il portacampioni è aperto e il provino è posizionato attraverso l'orifizio di 25 mm di diametro (area totale 4,9 cm²) tra la parte superiore e inferiore del portacampioni. Quando è installato il provino, il portacampioni deve essere aperto e la valvola deve essere chiusa per evitare perdite d'aria. A causa della presenza di un sistema di allineamento, l'area sottoposta a prova del provino dovrebbe essere perfettamente in linea e situata nel flusso d'aria.

UNI EN 14683:2019 G 0/06 Pagina 13

C.2.5.6 Portacampioni

Con il provino in posizione la portata dovrebbe essere di 8 l/min come precedentemente indicato nel punto C.1. Se la portata non è a 8 l/min, può essere presente una perdita. Cercare di aumentare la pressione, se possibile, per evitare questo problema. In tal caso è indicato anche l'uso di un secondo flussoometro durante la prova.

C.4.3 La pressione differenziale è letta direttamente se si utilizza un manometro a pressione.

C.4.4

La procedura descritta in passo da C.4.1 a C.4.3 viene ripetuta su 5 (o numero adeguato) di provini diversi della maschera. Si calcola la media delle letture.

Se la maschera comprende due tipi di materiale in diverse aree, sottrarre a prova un numero pari delle diverse aree. Ad esempio, la media dovrebbe consistere di 3 letture nella parte superiore della maschera con materiale di tipo A e 3 letture nella parte inferiore della maschera con materiale di tipo B.

C.5 Calcolo della pressione differenziale

Per ogni provino calcolare la pressione differenziale $\Delta P \text{ (cm}^2\text{)}$ di ogni area sottoposta a prova:

$$\Delta P = (X_{M1} - X_{M2})/3,9 \quad (\text{C.1})$$

dove:

X_{M1} è la pressione in Pa, misurata dal manometro M1 - lato bassa pressione del materiale;

X_{M2} è la pressione in Pa, misurata dal manometro M2 - lato alta pressione del materiale;

4,9 è l'area (in cm²) del materiale di prova;

3,9 è l'area (in cm²) del materiale di prova.

Note Se si usa un manometro differenziale si ottiene direttamente la pressione differenziale ($X_{M1} - X_{M2}$).

C.6 Rapporto di prova

Nel rapporto di prova devono essere riportate le seguenti informazioni:

- numero e data della presente norma europea;
- numero e codice del lotto e descrizione delle maschere sottoposte a prova;
- numero e codice delle aree della maschera dove sono state effettuate le misurazioni differenziali;
- portata durante la prova;
- pressione differenziale per ogni area sottoposta a prova del provino e il valore medio per ogni provino. Il valore medio per ogni provino è utilizzato per determinare la classificazione finale della maschera.

UNI EN 14683:2019 G 0/06 Pagina 14

APPENDICE D PULSATORE MICROBICA (informativa)
D.1 Campionamento

I campioni di maschera per le prove dovrebbero essere forniti nell'imballaggio primario originale (scatola distributrice o equivalente) offerto all'utilizzatore finale. Quando sono selezionati 5 campioni, prendere le maschere superiori, inferiore e 3 maschere scelte a caso. Se la maschera contiene una riviera o altri accessori, dovrebbero essere inclusi nella prova.

D.2 Prova

Pesare ogni maschera prima della prova. La maschera completa è tolta asciuttamente dall'imballaggio e posta su un fascio sterile da 500 ml contenente 300 ml di liquido di estrazione (0,5 g/l) e 50 ml di liquido di conservazione per la protezione della vita. Una seconda dose di 100 ml dello stesso liquido di estrazione è filtrata nello stesso modo e il filtro viene placato su Sabouraud Dextrose agar (SDA) con cloramfenicol per la coltura dei batteri. I campioni sono incubati per 3 giorni a 30 °C e 20 °C (20–25 °C per le prove TSA e SDA) oppure si può utilizzare un metodo di sterilizzazione alternativo ed equivalente. In tal caso, il metodo di estrazione scelto deve essere documentato nel rapporto di prova.

Il bioburden totale è espresso dall'aggiunta delle colonie TSA e SDA.

UNI EN 14683:2019 G 0/06 Pagina 15

APPENDICE ZA RAPPORTO FRA LA PRESENTE NORMA EUROPEA E I REQUISITI ESSENZIALI RELATIVI ALLA DIRETTIVA 93/42/CEE (GU L 169/1993) CHE SI INTENDE SOCCORSARE

La presente norma europea stabilisce criteri nel campo della sicurezza e della salute per i dispositivi medici "M200 relativi allo sviluppo della norma europea riguardanti i dispositivi medici" per fornire uno strumento volontario conformi ai requisiti essenziali relative alla Direttiva 93/42/CEE del 14 Giugno 1993 che riguarda dispositivi medici.

Una volta che la presente norma è stata citata nella Gazzetta Ufficiale dell'Unione Europea come rientrante in quella Direttiva, la conformità ai punti normativi della presente norma indicati nel progetto ZA 1 conferisce, entro i limiti dello scopo e campo di applicazione della norma, la conformità ai requisiti essenziali e alle specifiche corrispondenti degli esigenze di quella Direttiva e dei regolamenti EFTA associati.

Nota 1 Quando in un punto della presente norma si fa riferimento al processo di gestione del rischio necessita di essere indicato che la Direttiva 93/42/CEE aggiornata il 2007/47/CE. Questo significa che "rischio" deve essere inteso come "rischio per la salute" e "rischio" deve essere inteso come "rischio per la sicurezza".

Nota 2 La linea di condotta del fabbricante per determinare il rischio accettabile deve essere in conformità ai Regolamenti 2006/95/CE e 2006/96/CE.

Nota 3 Quando un dispositivo medico non è presente nel progetto ZA 1, significa che esso non è considerato dalla presente Norma Europea.

Progetto ZA 1 Corrispondenza tra la presente norma europea e l'Allegato I della Direttiva 93/42/CEE (GU L 169/1993)

Requisiti Essenziali della Direttiva 93/42/CEE	Punti della presente norma europea	Osservazione
5.1 solo prima fase	5.1.1, 5.1.2, 5.2.2, 5.2.4, 5.2.5, 5.2.6	Coperto rispetto a: - integrità durante l'uso; - resistenza alla tensione e alla flessione; - affidabilità dell'installazione (close-fit); - efficienza di filtrazione bacterica; - esclusione di contaminazione da parte dei materiali di consumo e dei casi; - pulizia/mainten. (durata); - la progettazione del processo di filtrazione deve essere coperta.

AVVERTENZA 1: La presunzione di conformità rimane valida solo fino a quando un dispositivo medico non viene inserito nel campo di applicazione della norma europea, nella Gazzetta Ufficiale dell'Unione Europea. Gli utilizzatori della presente norma dovrebbero consultare frequentemente l'elenco più recente pubblicato nella Gazzetta Ufficiale dell'Unione Europea.

AVVERTENZA 2: Altre legislazioni dell'Unione Europea possono essere applicabili ai prodotti che restano nello scopo e campo di applicazione della presente norma.

I dati della classifica UNI Pagina 16

BIBLIOGRAFIA

- [1] EN 132 Respiratory protective devices - Definitions of terms and pictograms
- [2] EN 149 Respiratory protective devices - Filtering half masks to protect against particles - Requirements, testing, marking and information supplied by the manufacturer of medical devices
- [3] EN 1041:2008+A1:2012 Sterilization of medical devices - Estimation of the potential of medical devices to produce biological contamination
- [4] EN 1174 (tutte le parti) Sterilization of medical devices - Estimation of the potential of medical devices to produce biological contamination
- [5] EN ISO 15223-1:2016 Medical devices - Symbols to be used with medical device labels, labelling and information to be supplied - Part 1: General requirements (ISO 15223-1:2016, Corrected version 2017-01)
- [6] EN ISO 13485 Technical - Standard atmospheres for conditioning and testing (ISO 13485)
- [7] 93/42/EEC Council Directive 93/42/EEC of 14 June 1993 concerning medical devices and amending Directive 90/385/EEC. Published in Official Journal of the European Union L 169 of 21 June 1993
- [8] EN ISO 10993 series Biological evaluation of medical devices (series ISO 10993)

UNI EN 14683:2019 G 0/06 Pagina 17