## III JORNADA DE INTEGRACIÓN ATRI - SRIU

DOSIS – E.I.





# TRANSICIÓN DE RADIOLOGÍA CONVENCIONAL A DIGITAL

- Recientemente se han sustituido muchos equipos convencionales radiográficos y fluoroscópicos por técnicas digitales en países industrializados
- La radiología digital se ha convertido en un reto con posibles ventajas y desventajas
- El cambio de radiología convencional a digital requiere formación adicional



#### TRANSICIÓN DE RADIOLOGÍA CONVENCIONAL A DIGITAL

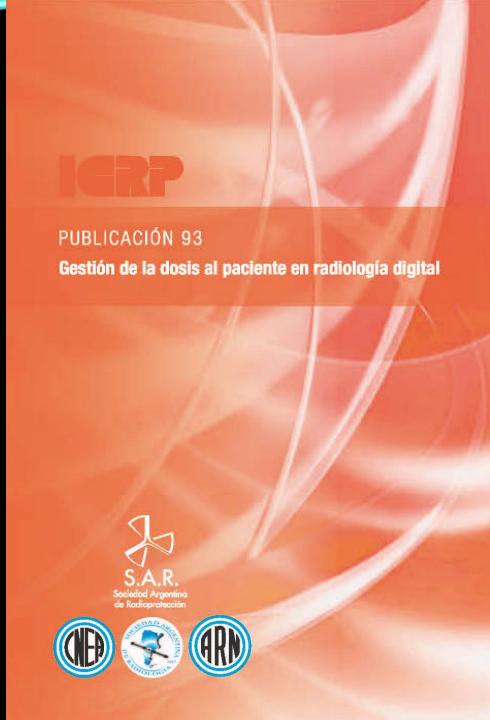
- Menor dosis de radiaciones para el paciente y el operador.
- Formación directa de imagen: Así, en tomografía y resonancia magnética la única imagen que se dispone es precisamente la digitalizada.
- Menor cantidad de material contaminante (Plomo, Químicos de revelador y fijador).
- Ahorros económicos: placas radiográficas, ahorro en la compra de reveladores y fijadores, ahorro en la compra y mantenimiento de procesadoras de placas y equipos de revelado.
- Disminución del espacio físico para guardar las imágenes, uso de archivos digitales.
- Diagnóstico remoto y envío de resultados por intranet hospitalaria o internet, brindando rapidez, practicidad y posibilidad de interconsulta entre profesionales al instante.
- Alto contraste de las imágenes digitales, uso de monitores especiales software con herramientas de procesamiento que ayudan al médico, facilitando y mejorado el diagnóstico.



#### DOSIS

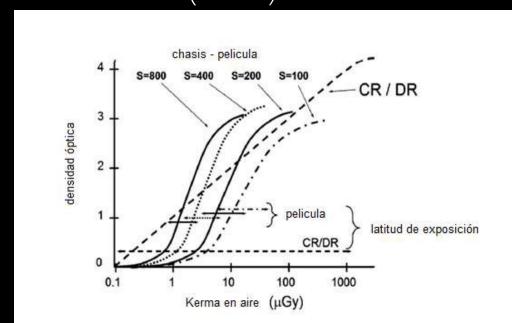
La experiencia ha demostrado que en muchos departamentos radiológicos que han hecho la transición a sistemas digitales, la dosis de los pacientes se ha incrementado a pesar de la potencialidad que conllevan estos sistemas para la disminución de la dosis respecto a los sistemas tradicionales.

La información diagnóstica que ofrecen los modernos detectores digitales puede ser igual o superior a la de los sistemas convencionales de película-pantalla, con dosis de radiación similares.





Esta técnica tiene ventajas indiscutibles como son su *amplio rango dinámico*, o sea la razón entre el máximo y mínimo de dosis que puede recibir un receptor de imagen sin deteriorar o distorsionar la imagen, además las funciones de pos procesamiento debido al desarrollo de los software de tratamiento de imágenes, y las posibilidades de archivo y transferencia (PACS) son indiscutibles



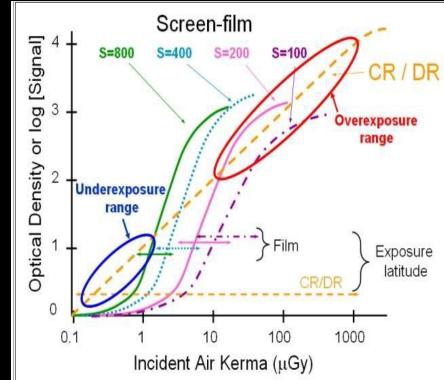


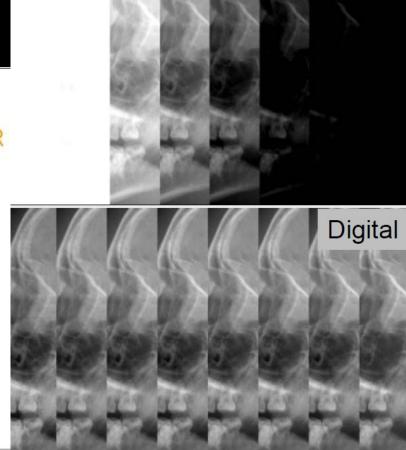


#### Dosis

El amplio rango dinámico de los detectores digitales permite el registro de imágenes que son mas nítidas a mayor exposición media ya que el ruido cuántico disminuye con esta condición

Los detectores de panel plano ("flat panel", que se discuten después) poseen un rango dinámico de 10<sup>4</sup> (desde 1 a 10,000) en tanto que un sistema pantallapelícula tiene aproximadamente 10<sup>1.5</sup> (de 1 a 30)





Film

J. Anthony Seibert · Richard L. Morin

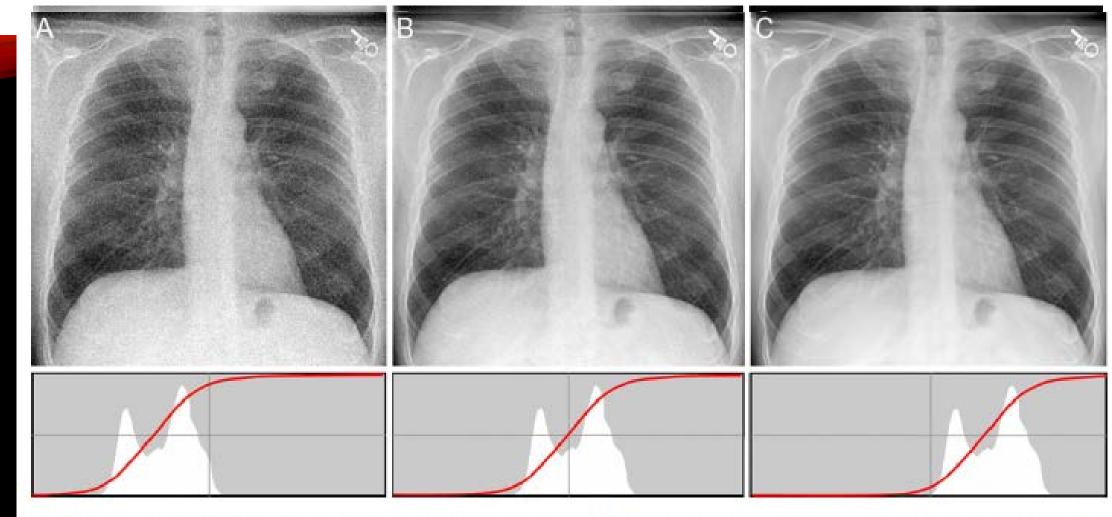
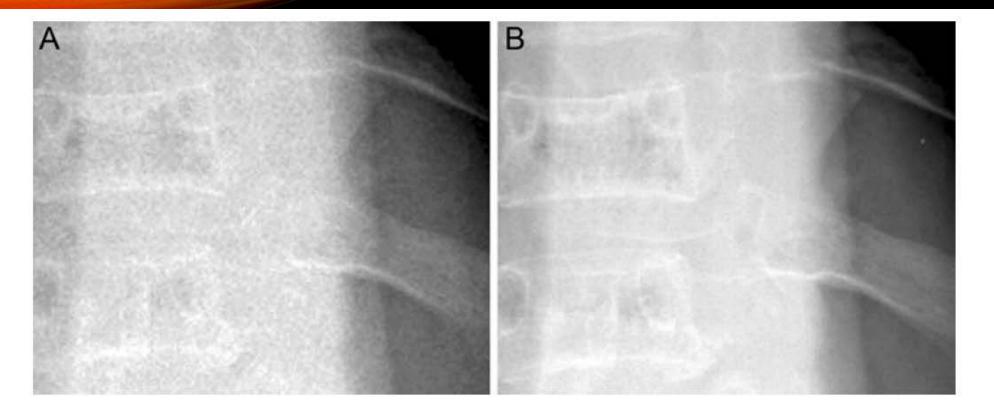


Fig. 2 Response of a digital detector to exposure intensity variations. a Underexposure. b Correct exposure. c Overexposure. Underneath each image is a histogram representing the frequency distribution of digital values (directly related to intensity of X-rays transmitted through the patient, as in Fig. 1). The x-axis represents digital value

and the y-axis represents frequency. The s-shape line is the characteristic curve (a digital value of interest look-up-table, VOI-LUT) that translates raw digital value into a contrast- and brightness-optimized image ready for presentation. The VOILUT is adjusted to the histogram to achieve optimal rendering of the image content



**Fig. 3** Underexposed vs. overexposed images. **a** Example of an underexposed image illustrates the quantum mottle caused by a low number of X-ray photons to the detector, and corresponding low dose to the patient. However, depending on the diagnostic need, is there adequate image quality to make the diagnosis? **b** Example of an

overexposed image illustrates excellent contrast sensitivity and detail but also a much higher dose to the patient. In this case, while minimal quantum mottle and excellent image quality is achieved, is the patient overexposed and, if so, by how much?

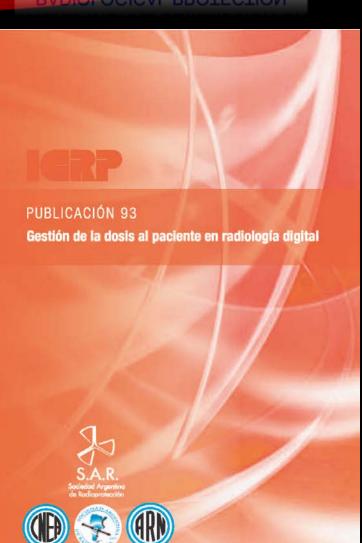


# PUBLICACIÓN 93 Gestión de la dosis al paciente en radiología digital

#### **DOSIS**

Entonces como queda claro Con los sistemas digitales, pueden ocurrir sobreexposiciones a los pacientes sin un impacto negativo en las imágenes. Las sobre-exposiciones pueden pasar desapercibidas por el radiólogo y por los técnicos de radiodiagnóstico. En radiografía convencional, una exposición excesiva produce imágenes muy oscuras y una exposición muy baja, imágenes muy claras, ambas con menos contraste.





#### **DOSIS**

Los técnicos, en ocasiones, en conocimiento de esta situación tienden a asegurar la no repetición por subexposición, que produciría una imagen moteada debido al ruido cuántico, y se tiende entonces a dar una dosis mayor a la necesaria.

Es imperativo, a la luz de del principio ALARA (As Low As Reasonably Achievable) en **protección radiológica**, obtener imágenes de calidad diagnostica con dosis al paciente que sean razonables.

II JORNADA DE INTEGRACIÓN ATRI - SRIU





Se han realizado investigaciones que muestran que es posible reducir dosis cuando se utilizan sistemas digitales; Strotzer et al muestran cómo es posible reducir la dosis en un 33% en radiografías de tórax, Fink et al comparando radiografía convencional de pantalla-película de rapidez 200 con radiografía digital con detector de panel plano encuentra reducciones hasta del 50%,

Strotzer et al. AJR 2002;178(1):169-71; Fink et al. AJR 2002;178:481-6; Herrmann et al. Eur Radiol 2002;12(2):385-90.



#### **DOSIS**

Estudios, como el *Reiner et al*, muestran el *incremento* en el número de exámenes radiológicos en el paso de la radiología de pantalla-película a la radiología digital

Reiner et al. Radiology. 2000 Apr;215(1):163-7.

## Es necesario establecer <u>un vínculo</u> entre la calidad de imagen y la dosis al *detector* en radiografía digital con el uso de algún tipo de *indicador de*

#### INDICADORES DE EXPOSICIÓN



exposición

La fluencia de la exposición es el aumento gradual en las exposiciones de rayos X a lo largo del tiempo que da como resultado una dosis de radiación incrementada al paciente. Se ha teorizado como un fenómeno que resulta de la gran latitud de exposición de la radiografía computarizada (CR) y la radiografía digital directa / indirecta (DR). Este proyecto evalúa las exposiciones radiográficas durante 43 meses para determinar si existe fluencia de exposición y si se pueden aplicar medidas para detener o revertir las tendencias de fluencia de la exposición.

Riesgo de exposición en radiografía computarizada

#### **Exposure Creep in Computed** Radiography:

A Longitudinal Study

Dale J. Gibson, BAppSc, Robert A. Davidson, PhD, MAppSc(MI)

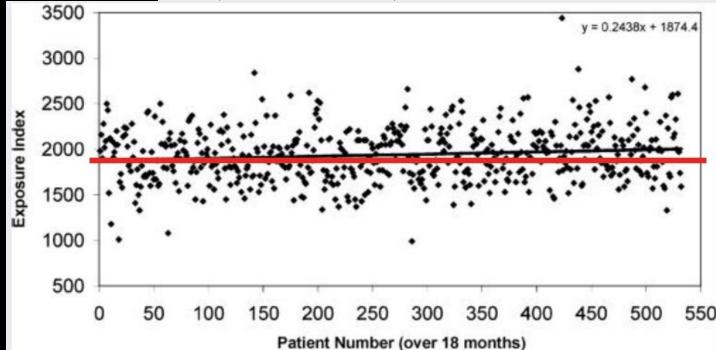
oposure creep is the gradual increase in x-ray exposures over time that results in increased radiation dose to the patient. It has ed as being a phenomenon that results from the wide-exposure latitude of computed radiography (CR) and direct/indirect graphy (DR). This project evaluates radiographic exposures over 43 months to determine if exposure creep exists and if

recorded over 29 months between August 2007 and December 2009 from

Flinders Medical Centre, Bedford Park, South Australia, Australia.

Acad Radiol 2012; 19:458-462

Se ha demostrado que la fluencia de la exposición existe.



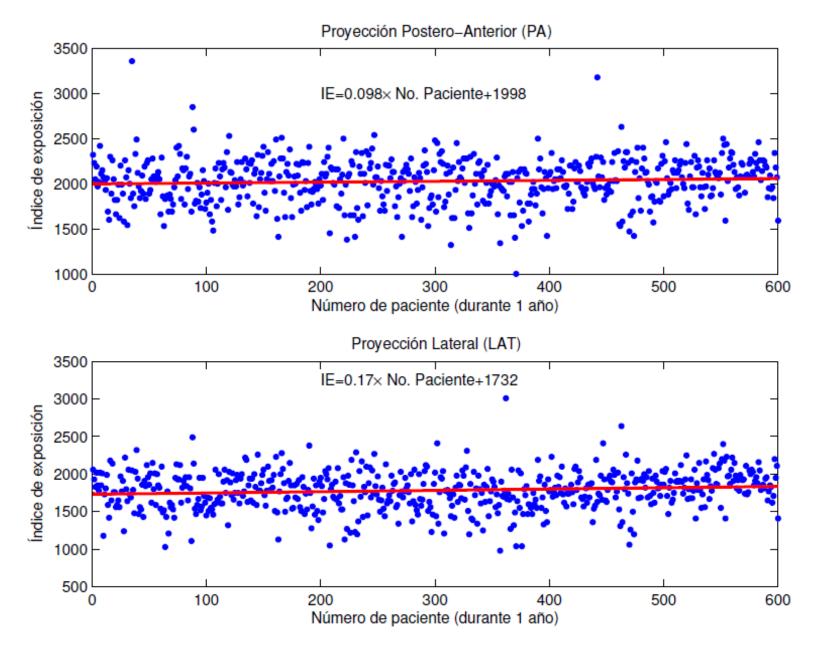


Evaluación y Optimización de la Técnica Radiográfica en Exámenes Diagnósticos de Tórax usando Radiografía Digital

Se ha demostrado que la fluencia de la

exposición existe.

gura 6.10: Diagrama de dispersión ilustrando el crecimiento del índice de exposición para proyección postero-anterior (superior) y proyección lateral (inferior) en exámenes de tórax en el Grupo de Radiología del INC

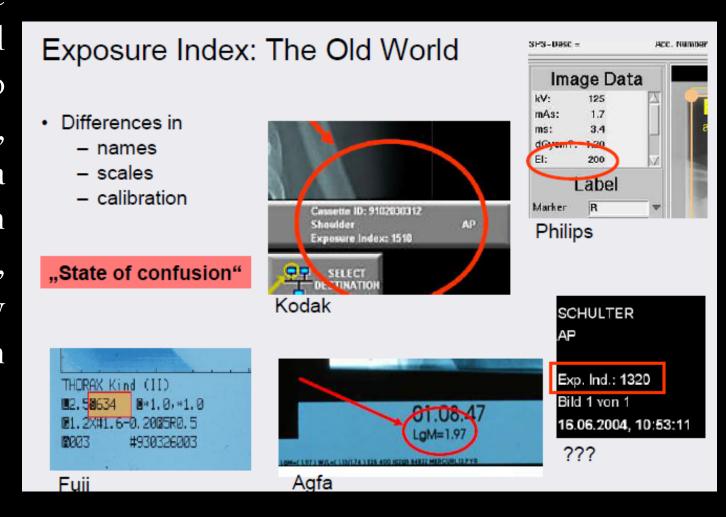


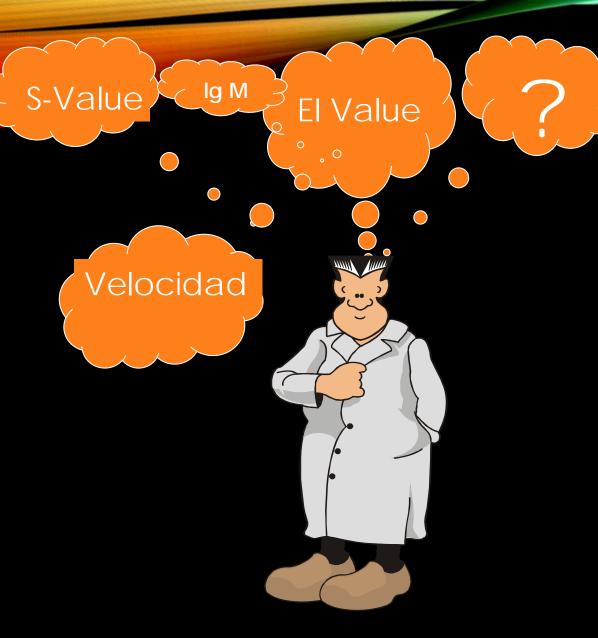
# ÍNDICES DE EXPOSICIÓN

La mayoría de los sistemas digitales para radiodiagnóstico disponen de indicadores de exposición (IE) cuyo objetivo principal es suministrar al usuario *información de la exposición en el detector involucrada en la obtención de la imagen radiológica*.

# ÍNDICES DE EXPOSICIÓN

En los sistemas de radiología digital se utilizan diferentes indicadores de exposición dependiendo del fabricante; esto ha creado **CONFUSIÓN** entre Tecnologos, Radiólogos y Físicos Médicos, ya que existen una amplia variedad en la terminología, en las unidades, las formulas matemáticas, y las condiciones de calibración en para el índice de exposición





Cada fabricante de receptores tiene su propia técnica para informar de la dosis

- Sus propias herramientas de medida
- Su propio procesado de imagen
- Sus propias condiciones de calibración/calidad de haz
- Sus propios métodos de cálculo
- Sus propios nombres
- El informe de dosis no es exáctamente una ciencia
  - Estimación/indicador muy tosco para el técnico
  - La comparación entre mediciones es prácticamente imposible

## Vendor Exposure Index Scales

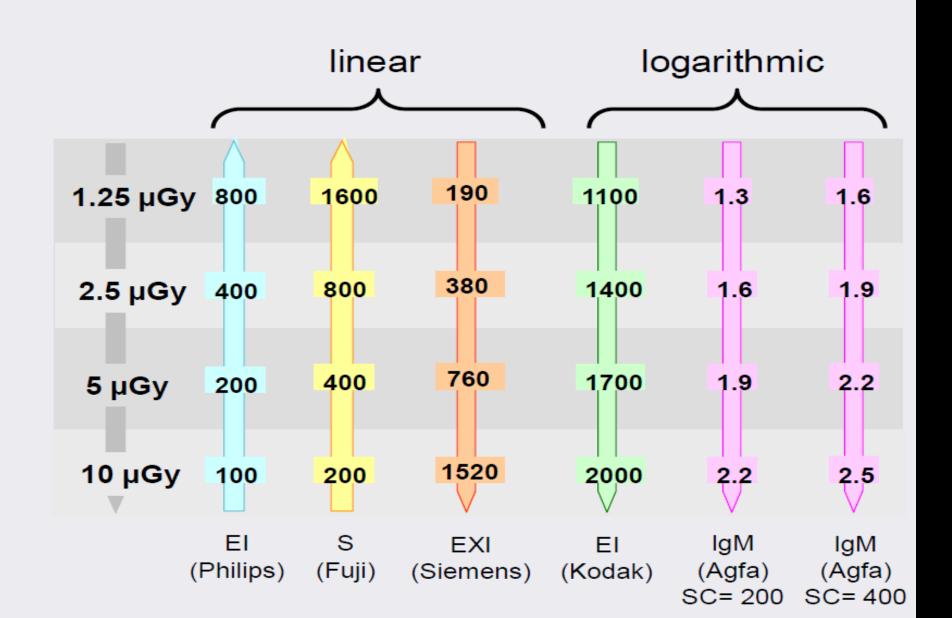


	Table 1 Manufactur	Table 1 Manufacturer and exposure index parameters used for digital radiography systems					
1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 - 1900 -	Manu facturer	Exposure indicator name	Symbol	Units	Exposure dependence, X	Detector calibration conditions	
	Fuji film	S value	S	Unitless	200/S ∝ X (mR)	80 kVp, 3 mm Al "total filtration" S=200 @ 1 mR	
	Carestream	Exposure index	EI	Mbels	EI+300=2X	80 kVp, 1.0 mm A1+0.5 mm Cu; EI=2000 @ 1 mR	
	Agfa	Log of median of histogram	lgM	Bels	lgM+0.3=2X	400 speed class, 75 kVp+1.5 mm Cu; lgM=1.96 @ 2.5 μGy	
	Konica	Sensitivity number	S	Unitless	For QR=k, 200/S « X(mR)	QR=200, 80 kVp, S=200 @ 1 mR	
	Canon	Reached exposure value	REX	Unitless	$Bnghtness = c_1, \ Contrast = c_2,$	Brightness=16	
ilm	S value	S	Unit	tless	$200/S \propto X (mR)$		3 mm tal filtration" ) @ 1 mR
estream	Exposure index	EI	Mbe	els	EI+300=2X	A1+0.	1.0 mm 5 mm =2000 @ 1 mR
	Log of median of histogram	lgM	Bels	\$	lgM+0.3=2X	-	ed class, p+1.5 mm M=1.96 @ 2.5 μC
					Expected exposure values can be edited by user as preferences.		
	Swissray Imaging Dynamics	Dose indicator Accutech	DI F#	Unitless Unitless	Not available $2^{\#}=X(mR)/X_{tar}(mR)$	Not available 80 kVp+1 mm Cu	
	Philips	Exposure index	EI	Unitless	2 = Λ(IIIK)/Λ <sub>tgf</sub> (IIIK) 1000/X (μGy)	RQA5, 70 kV, + 21 mm Al, HVL=7.1 mm Al	
	Siemens	Exposure index	EXI	μGy air kerma	$X(\mu Gy)=EI/100$	RQA5, 70 kV+0.6 mm Cu, HVL=6.8 mm Al	
	Alara CR	Exposure indicator value	EIV	Mbels	EIV+300=2X	1 mR at RQA5, 70 kV, + 21 mm Al, HVL=7.1 mm Al = > EIV=2000	
	1.CID	E		** **		1 0 0 00 111 115	

Exposure index « log[X (mR)]

 $\begin{array}{c} 1~mR @ 80~kVp+1.5~mm \\ Cu => 0 \end{array}$ 

iCRco

Exposure index

None

Unitless

# IEC

Como puede deducirse de la tabla nterior, no hay un consenso entre los La comunidadistination los la comunidadistinatio técnicos, y fositios médicos, hiviervelación llamado estandaiciónción ue decibetel detectornte concepto. Esdasí haznoden RIX2001silkadoComisión Internacional aleb Edei ó rotecnia DESC introdaligumas terminología ón granipacio el éndice Ala Parto sición Americana de Físicos en Medicina) se tomaron iniciativas en este sentido y existen una solución.

# ÍNDICES DE EXPOSICIÓN



IEC 62494-1

Edition 1.0 2008-08

# INTERNATIONAL STANDARD

NORME INTERNATIONALE

Medical electrical equipment – Exposure index of digital X-ray imaging systems –

Part 1: Definitions and requirements for general radiography

Appareils électromédicaux – Indice d'exposition des systèmes d'imagerie numérique à rayonnement X –

Partie 1: Définitions et exigences pour la radiographie générale





**AAPM REPORT NO. 116** 



An Exposure Indicator for Digital Radiography

Report of AAPM Task Group 116

July 2009

- Objetivos:
- Una escala fija
- Regla de calibración
- Fácil de usar y entender

# ÍNDICES DE EXPOSICIÓN



IEC 62494-1

Edition 1.0 2008-08

# INTERNATIONAL STANDARD

NORME INTERNATIONALE

Medical electrical equipment – Exposure index of digital X-ray imaging systems –

Part 1: Definitions and requirements for general radiography

Appareils électromédicaux – Indice d'exposition des systèmes d'imagerie numérique à rayonnement X –

Partie 1: Définitions et exigences pour la radiographie générale

# ÍNDICE DE EXPOSICIÓN ESTANDARIZADO

La IEC y TG116, introduce tres términos importantes para la tecnología en radiología digital:

El índice de exposición (IE),

El índice de exposición del blanco (ΙΕτ), y

La desviación de índice (DI).

# ÍNDICES DE EXPOSICIÓN

El índice de exposición se define como:

IE es el índice de exposición en el detector en la región mas relevante de la imagen, y esta relacionado con la energía absorbida en el detector, y no en el paciente, después de cada evento de exposición.

Medida de la respuesta del detector a la radiación en la región de imagen

#### Relevant Image Region

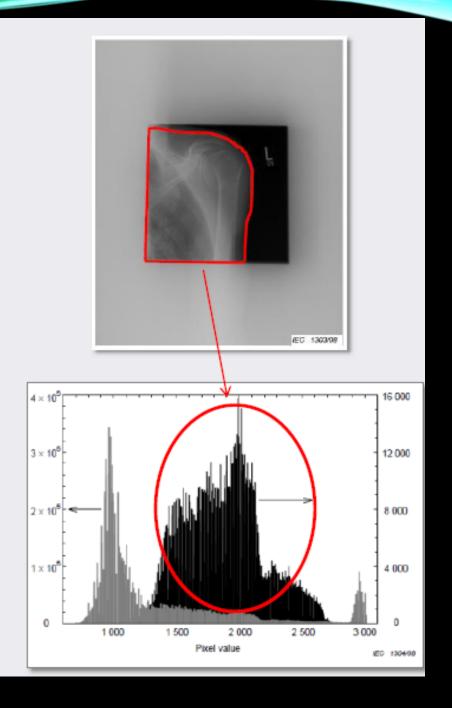
Definition in IEC 62494-1:

"Subárea específica de examen o subáreas de la imagen que contiene la información de importancia diagnóstica"

#### NOTE

This is typically the region for which the exposure parameters should be optimized.

- Determinado por segmentación de imágenes, basado en histograma u otros métodos.
- Implementations differ



# Exposure Index

	IEC 62494	AAPM TG116
Name	Exposure Index ( <i>EI</i> )	Indicated Equivalent Air Kerma (K <sub>ind</sub> )
Units	Unitless	μGy
Precision	Not specified	3 significant

Different definitions, but substantially the same.

#### Exposure Index Formulas

#### • IEC:

$$V_{CAL} = f(K_{CAL})$$
  $K_{CAL} = f^{-1}(V_{CAL})$   $g(V) = f^{-1}(V)$   
 $EI = c_0 \cdot g(V) = 100 \mu \text{Gy}^{-1} \cdot f^{-1}(V)$ 

#### • TG116:

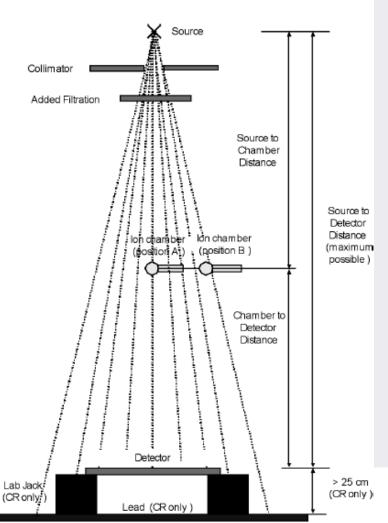
$$Q_K = 1000 \cdot \log_{10} \left( \frac{K_{STD}}{K_0} \right) = 1000 \cdot \log_{10} \left( \frac{K_{STD}}{0.001} \right)$$

$$K_{\text{IND}} = K_0 10^{\frac{Q}{1000}}$$
, where  $K_0 = 0.001 \mu Gy$ 

Table 1. Standard Beam Radiographic Conditions

kV <sub>P</sub>	Added	Nominal	IEC
	Filtration	HVL	Surrogate
66-74	0.5 mm Cu + (0-4) mm Al* or 21 mm pure Al	6.8 mm Al*	RQA5

<sup>\*</sup>Type 1100



#### El Calibration

Relation to detector air kerma:

$$EI = c_0 \cdot K_{cal}$$
 with  $c_0 = 100 \, \mu \text{Gy}^{-1}$ 

- Calibration beam quality: RQA 5
  - HVL: 6.8 ± 0.3 mm Al
  - 66-74 kVp
  - Added filter: 21 mm Al (alternatively 0.5 mm Cu and 2 mm Al)
- Caveat:

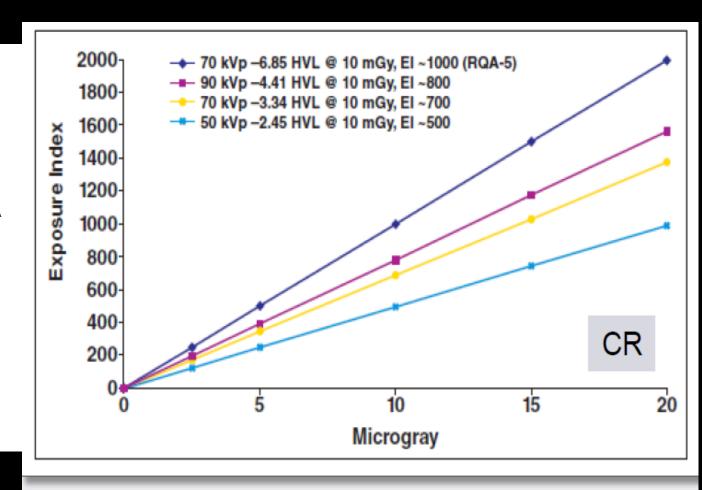
This relation to detector air kerma is valid at calibration beam quality only!

EI
1300
1000
800
630
500
400
300
250
200

Figure 3. Standard beam geometry.

Dependencia de la calidad del haz

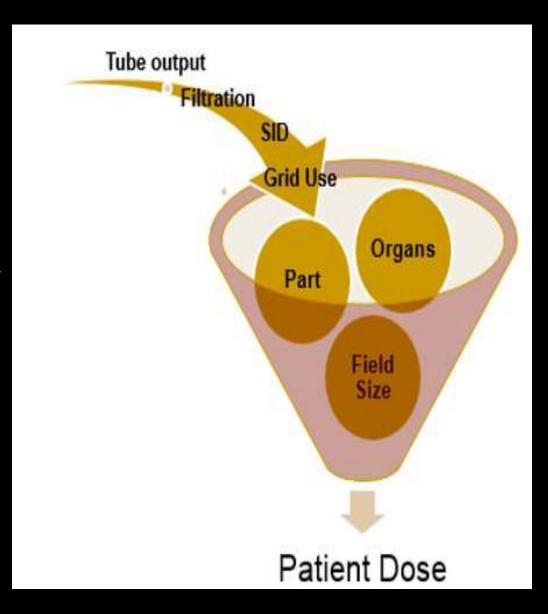
- La relación entre El y kerma de aire depende de la calidad del haz
- El se deriva de la señal generada en el detector (es decir, la energía absorbida en el detector)
- El es más bien un indicador de señal que un indicador de dosis
- El no es un dosímetro



# ÍNDICES DE EXPOSICIÓN Y DOSIS

#### La dosis del paciente y el *IE*

El IE no determina directamente la dosis en el paciente; esta <u>también depende</u> de otros factores como la colimación, la filtración del haz, el rendimiento del equipo de rayos X en función del KVp aplicado, mAs, el el tiempo exposición, la parte del cuerpo irradiada



# ÍNDICES DE EXPOSICIÓN

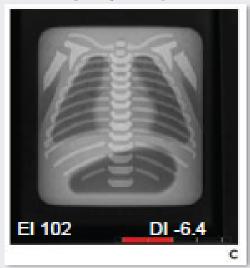
Índice de Exposición del Blanco VALORES OBJETIVO KTGT (TG116) y EIT (IEC) Es la exposición de referencia que se obtiene cuando el detector ha sido expuesto correctamente. Los valores difieren para cada parte del cuerpo y cada tipo de proyección; y varían según la sensibilidad del detector de cada instalación.

## Example

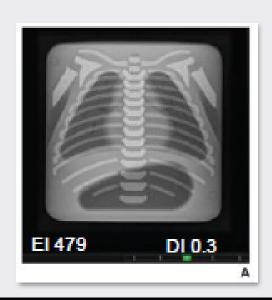
(Don et al. AJR 2012;199:1337)

- Neonatal chest phantom
- CR imaging (Agfa)
- Manual exposures: 60 kV / 0.25, 1.0, 2.5 mAs
- Target Exposure Index El<sub>T</sub> = 450

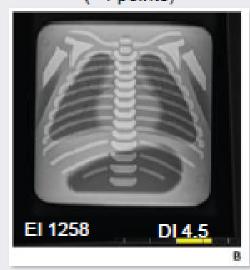
0.25 mAs (-6 points)



1 mAs



2.5 mAs (+4 points)



# ÍNDICES DE EXPOSICIÓN

## Desviación de Índice:

Mide la diferencia entre el *IE* y el índice de exposición del blanco *IET*, siguiendo la formula

$$DI = 10 \times log_{10} (IE/IET)$$

 El Indice de Desviación cuantifica la diferencia entre el valor actual del IEC de la imagen y el Indice de exposición Objetivo de la vista (IE<sub>T</sub>)

Cuando IE =  $IE_T$  (exposición correcta), DI = 0

ID	% fuera de Objetivo
3	~100% muy alto
2	~58% muy alto
1	~26% muy alto
0	Correcto
-1	~21% muy bajo
-2	~37% muy bajo
-3	~50% muy bajo

• El valor del IE<sub>T</sub> es establecido por sociedades profesionales.



DI	Range Action
> +3.0	Excessive patient radiation exposure Repeat only if relevant anatomy is clipped or "burned out" Require immediate management follow- up.
+1 to +3.0	Overexposure: Repeat only if relevant anatomy is clipped or "burned out"
-0.5 to +0.5	Target range
Less than -1.0	Underexposed: Consult radiologist for repeat
Less than -3.0	Repeat

Dejemos al Indice de Desviación definir su precisión apropiada



- Practica:
  - Bajo condiciones Ideales: variación del IE < 25%</li>
  - Bajo condiciones subóptimas (las diferencias de colimación y posicionamiento afectan a la segmentación): variación del IE < 50%</li>

El uso del *indice de exposición estandarizado IE* y los valores asociados de índice de la exposición del blanco IET y el de desviación de índice *DI* probablemente *conducirá a un* mejor desempeño del tecnólogo en términos de uniformidad y uso de técnicas radiográficas optimizados

Los radiólogos se beneficiarán de una terminología <u>estandarizada</u>, <u>y las</u> instituciones y clínicas serán capaces de comparar los valores de índice de la exposición con los demás a través de una base de datos de registro de indice de dosis nacional que debería implementarse.

Recomendaciones para los usuarios en este nuevo paradigma "índice de exposición estándar"



- 1. Cuando se compren nuevos equipos de radiología digital, insistir en la aplicación de la norma del IE, IEC 62494-1.
  - 2. Para <u>equipos antiguos</u> de radiografía directa y de radiografía computarizada, <u>solicitar al fabricante el software</u> <u>que cumpla con el nuevo estándar de IE.</u> Tenga en cuenta que la probabilidad de este cambiodisminuye con la edad de los equipos
    - 3. COMPRENER Y OBTENER <u>CAPACITACION</u> sobre el software del <u>fabricante que aplica la norma del <u>IE</u>. Prepare una lista de valores del <u>IE</u>T para todos los procedimientos radiológicos con el fin entrarlos en la base de datos del detector digital.</u>

4. Registro de la *IE*, *IE*T, *Dl*. Entrenar tecnólogos en el uso de la *Dl*, los límites aceptables de el valor *DI*, y métodos de compensación cuando el *Dl* está más allá del rango aceptable

5. Registro de los factores de la técnica en el examen correspondiente: kVp, mAs, filtración y geometría de adquisición dentro de la cabecera del DICOM cuando es posible, y cuando no, lleve un registro manual. Estos son los datos necesarios para estimar la dosis de radiación al paciente.

6. Compartir experiencias y datos con el fin de proporcionar a la *comunidad* de <u>técnicos</u> radiologos con datos de referencia de línea de base a partir del cual las mejoras de la práctica se puede hacer para todos los usuarios.

Los técnicos radiólogos se deben adaptar a la llegada de la radiografía digital, <u>afinando la selección</u> <u>de técnicas de exposición y prestar más atención a la</u>

protección radiológica.



Los técnicos radiólogos que realizan exámenes de radiografía digital deben reconocer su responsabilidad en la comprensión de cómo optimizar imágenes digitales y reducir al mínimo la dosis de radiación a los pacientes.



Los técnicos radiólogos deben adherirse a la consigna de "tan bajo como sea razonablemente posible"

(ALARA), manteniendo la dosis de radiación tan bajo como sea razonablemente alcanzable cuando se realiza

radiografía digital.



La mejor práctica es seleccionar los factores de exposición apropiados para el tamaño y el estado del paciente, en base a un sistema de exposición planificada diseñados en colaboración con radiólogos, para determinar la calidad de imagen adecuada para el diagnóstico.



buena práctica en la radiografía digital es la *inclusión* de información con respecto a la exposición al receptor de imagen en los datos imagen suministrados durante el proceso de archivo de imagen.



Siga los protocolos y normas establecidas por el departamento y participe activamente en el establecimiento y posterior desarrollo de protocolos que garanticen la coherencia de las imágenes con calidad de diagnóstico y prácticas mejoradas para reducir la dosis de radiación al paciente.



<u>Colimar</u> el haz de rayos x a la zona anatómica adecuada para el procedimiento.

Por lo tanto, el conocimiento básico de la anatomía adulta y pediátrica se requiere de los licenciados para garantizar la limitación del haz adecuada en todos los grupos de edad.

Aplicar enmascaramiento electrónico de una manera que <u>demuestra el borde real campo</u> <u>de la exposición</u> para documentar colimación apropiada.

Utilice dispositivos de inmovilización cuando sea necesario para evitar las exposiciones repetidas al paciente.



PREGUNTAR A LAS PACIENTES SOBRE LA POSIBILIDAD DE ESTAR ENBARAZADAS





Tome las medidas adecuadas para seguir principio *ALARA*, de protección la contra las radiaciones la ionizantes: colocación apropiada, colimación, inmovilización y técnicas de exposición apropiadas para tamaño en radiografía digital tanto adulta como pediátrica.

