



# Röntgenstrahlung

Erzeugung und Eigenschaften

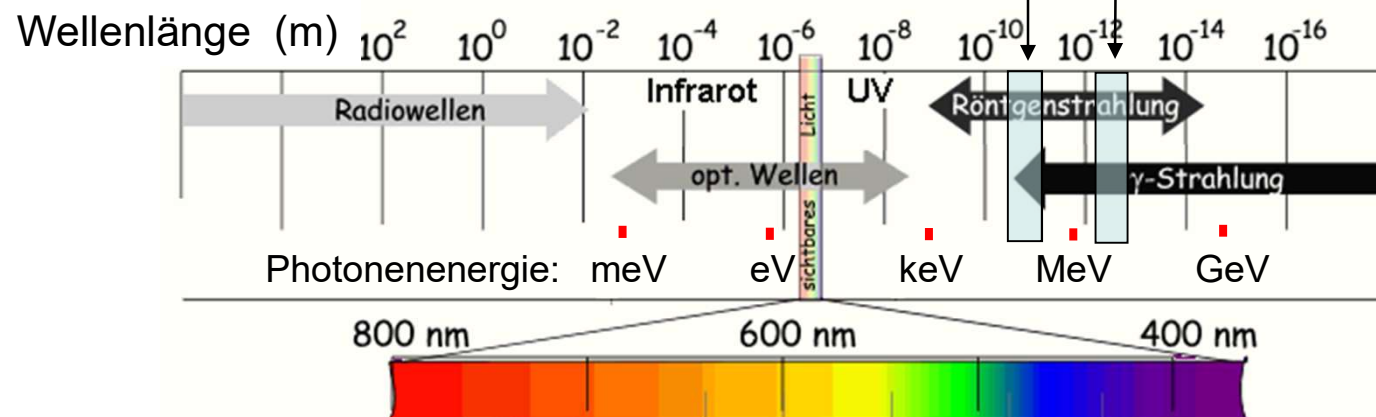
Physikalische Grundlagen

der Röntgendiagnostik

Röntgentomographie (CT)

# Charakterisierung der Röntgenstrahlung

- elektromagnetische Strahlung
- Photonenergie:
  - Diagnostik: 30-200 keV
  - Therapie: 5-20 MeV
- Wellenlänge:
  - ~ einige 10 pm (Diagn.)
  - ~ 100 fm (Ther.)



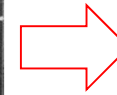
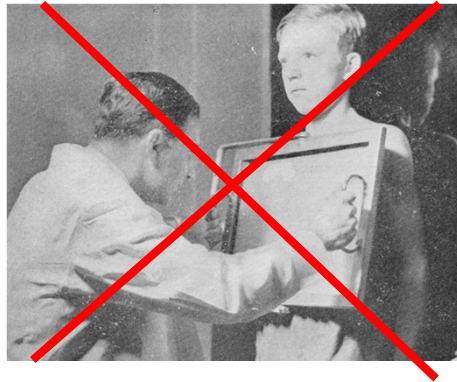
- Wirkungen:

- Ionisation
- Lumineszenz (Fluoroskopie, Bildverstärker)
- chemische (z.B. Photographie)
- biologische (Strahlenschädigung)

- Entstehung: in der Elektronenhülle

- Typen

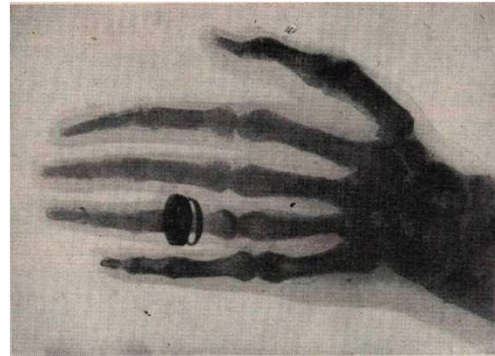
- Bremsstrahlung
- charakteristische Strahlung





# Historie

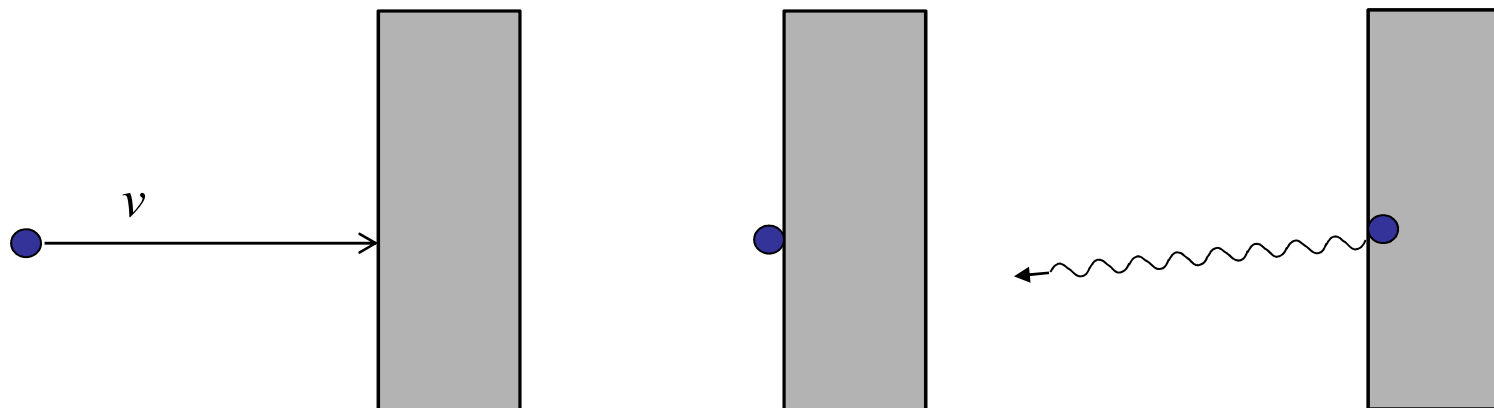
- 1895 Wilhelm Conrad Röntgen  
X-Strahlung (X-ray)
  - 1896 erste  
medizinische  
Anwendung
  - 1901 Nobel Preis  
(erster Nobel Preis in Physik)
- ... heute:  
3D Röntgen-CT



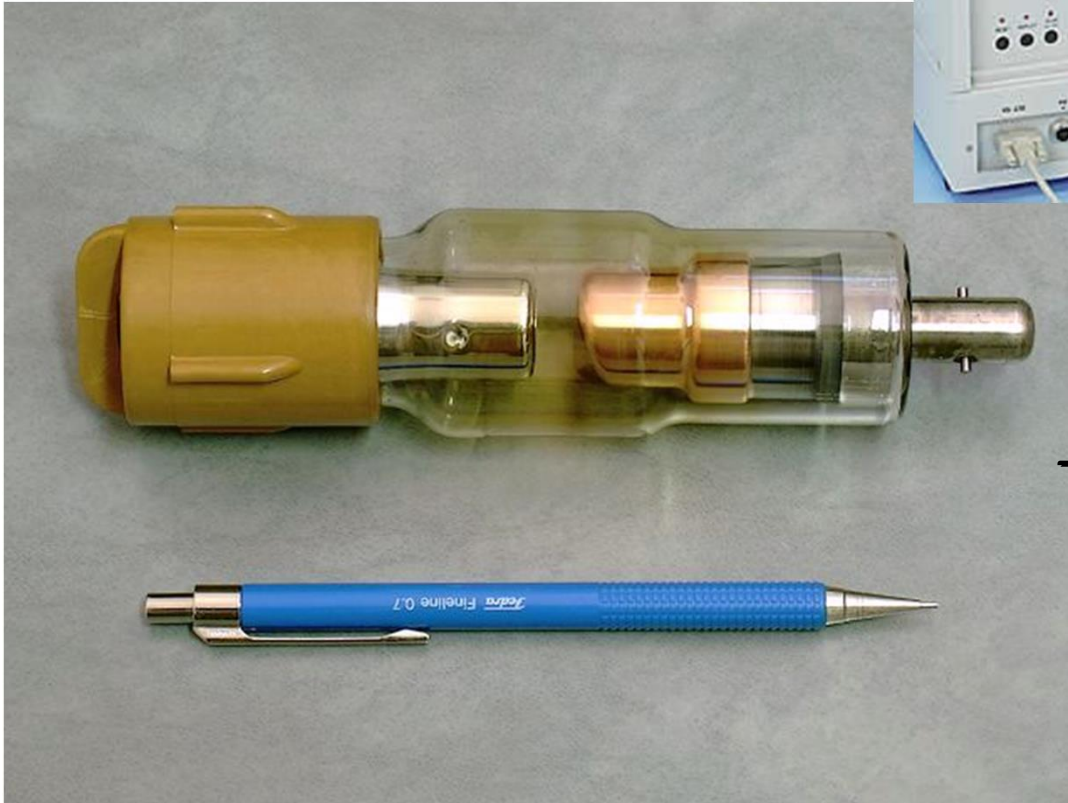
# Entstehung der Röntgenstrahlung

Röntgenstrahlung Entsteht wenn  
hochenergetische (beschleunigte)  
geladene Teilchen ihre Energie abgeben.

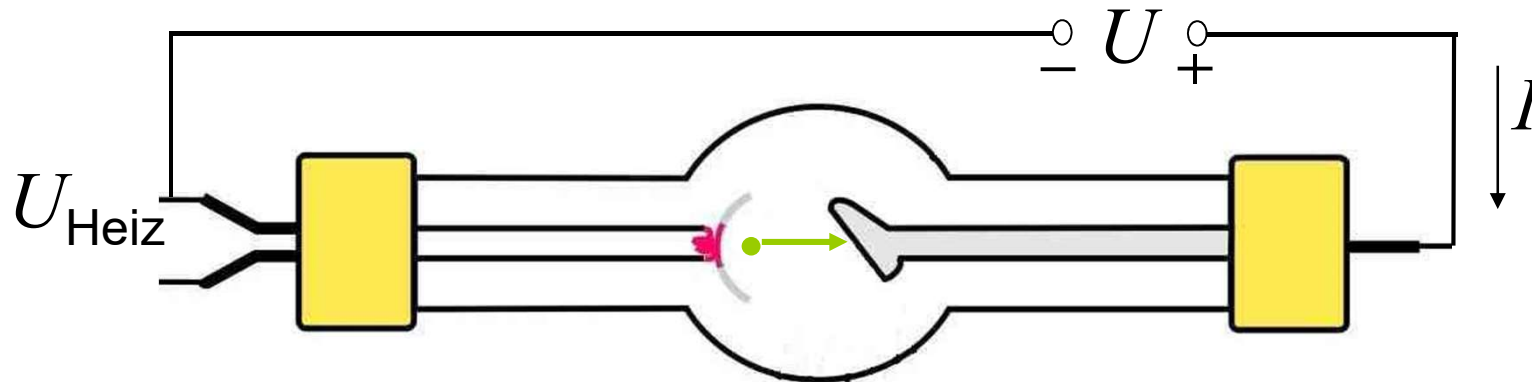
Elektronen  $E_{\text{kin}}$



# Die Röntgenröhre



# Die Röntgenröhre (2)



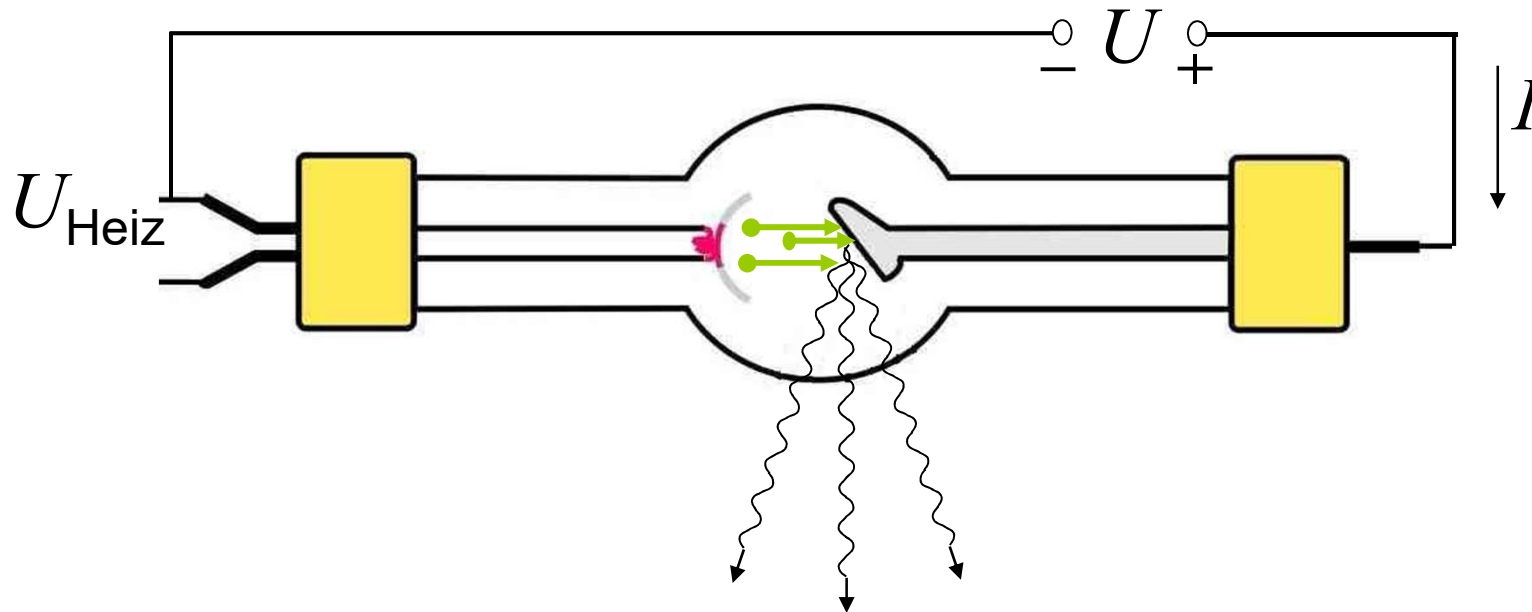
Anodenspannung( $U$ ) (typisch 30-200 kV):  
beschleunigt die Elektronen

$$U \cdot e = E_{\text{kin}}$$

Elementarladung  
 $e = 1,6 \cdot 10^{-19} \text{ C}$

kinetische Energie  
des beschleunigten Elektrons

# Die Röntgenröhre (3)



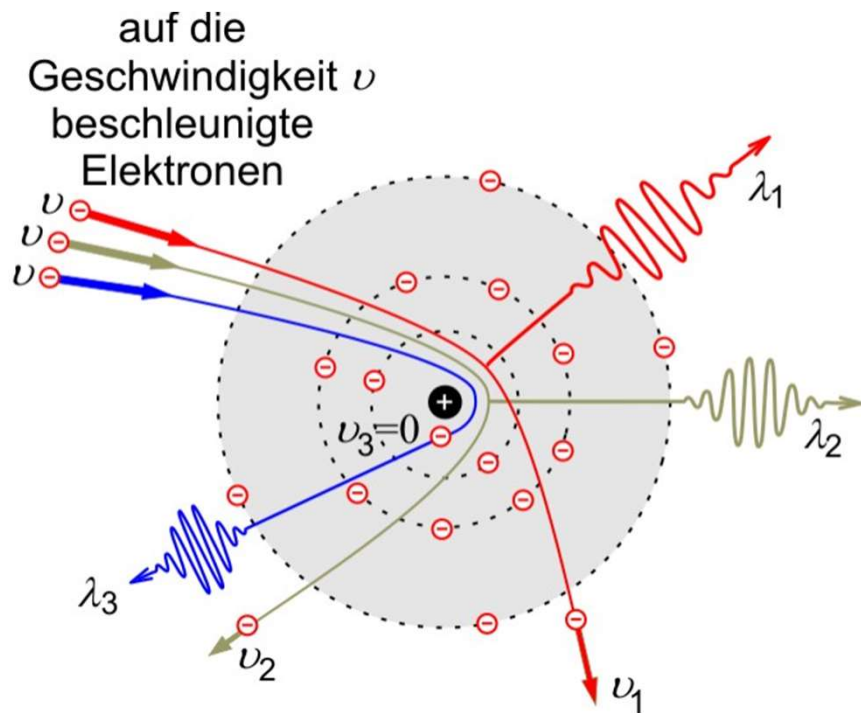
Röntgenstrahlung entsteht wenn die beschleunigten Elektronen auf die Anode prallen.

1. Abbremsung (Bremsstrahlung)
2. Elektronenausstoß+Elektronenübergang  
(Charakteristische Str.)



# Bremsstrahlung

Kinetische Energie  $\Rightarrow$  Photonenenergie (Rtg)  
 $\Rightarrow$  Thermische Energie



$$E_{\text{kin}} \geq hf$$

$$U_e = E_{\text{kin}} \geq hf = h \frac{c}{\lambda}$$

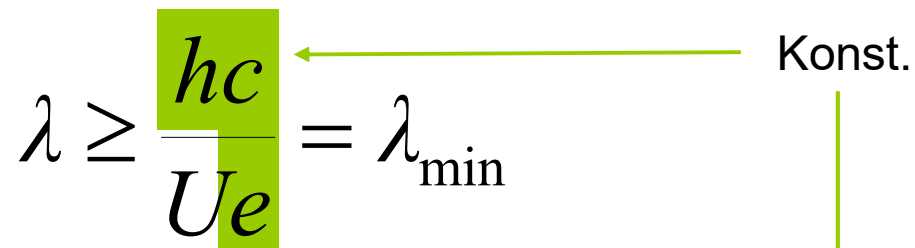
$$U_e \geq h \frac{c}{\lambda}$$

$$\lambda \geq \frac{hc}{U_e} = \lambda_{\text{min}}$$

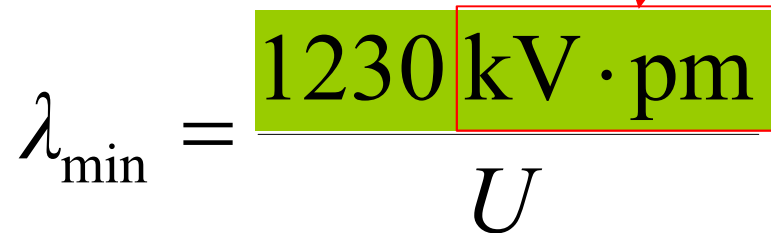
# Grenzwellenlänge, Duane-Hunt Gesetz

$$\lambda \geq \frac{hc}{U_e} = \lambda_{\min}$$

Konst.



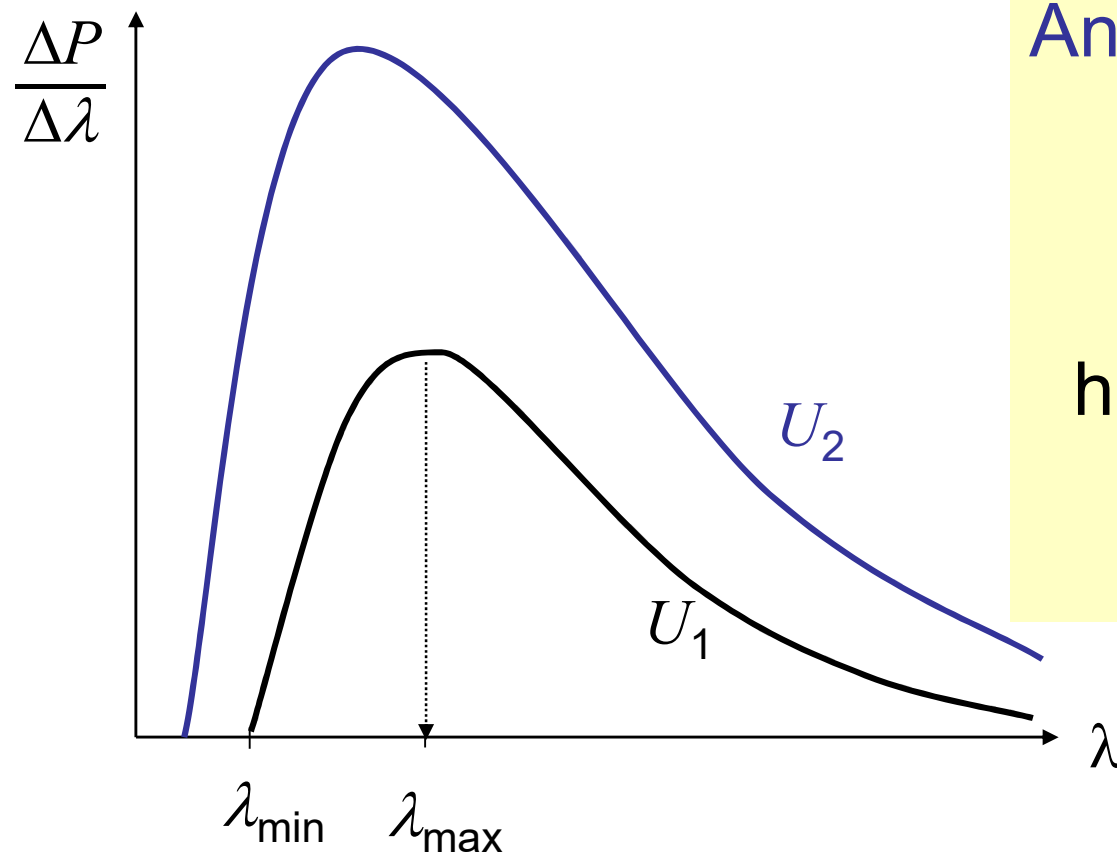
A green arrow points from the text 'Konst.' to the 'hc' term in the equation above. Another green arrow points from 'Konst.' down to the '1230' term in the equation below.

$$\lambda_{\min} = \frac{1230 \text{ kV} \cdot \text{pm}}{U}$$


A red curved arrow points from the 'kV · pm' unit in the numerator to the text 'nicht SI aber praktische Einheit' below.

nicht SI  
aber praktische  
Einheit

# Emissionsspektrum der Bremsstrahlung

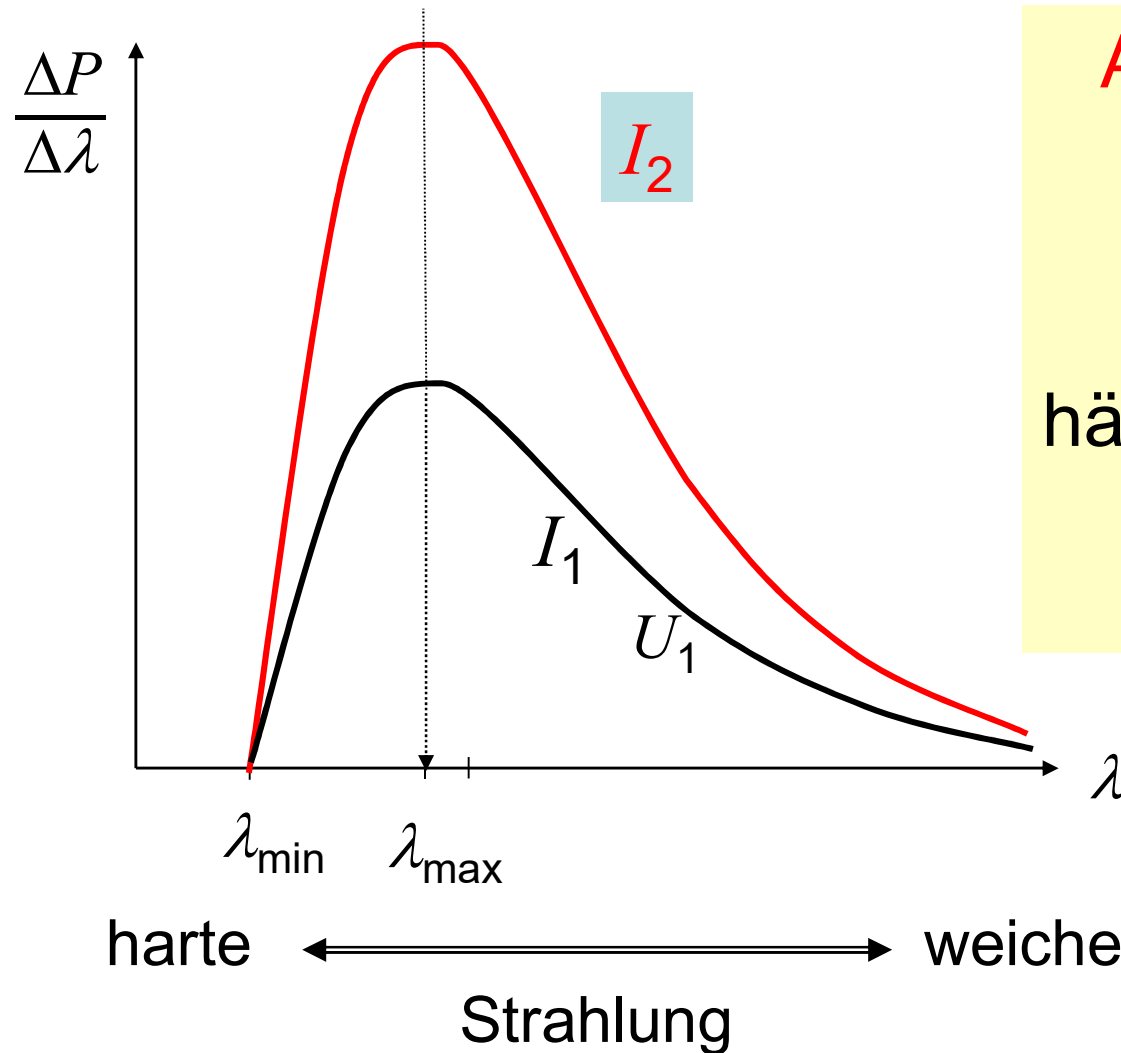


Anodenspannung  $\uparrow$   
 $\lambda_{\min} \downarrow$   
 $\lambda_{\max} \downarrow$   
 $E_{\text{photon}} \uparrow$   
härtere Strahlung  
 $N_{\text{photon}} \uparrow$   
Leistung  $\uparrow\uparrow$

$$P \sim U^2$$

harte  $\longleftrightarrow$  weiche  
Strahlung

# Emissionsspektrum der Bremsstrahlung



Anodenstrom  $\uparrow$

$\lambda_{\min}$  -

$\lambda_{\max}$  -

$E_{\text{photon}}$  -

härte d. Strahlung -

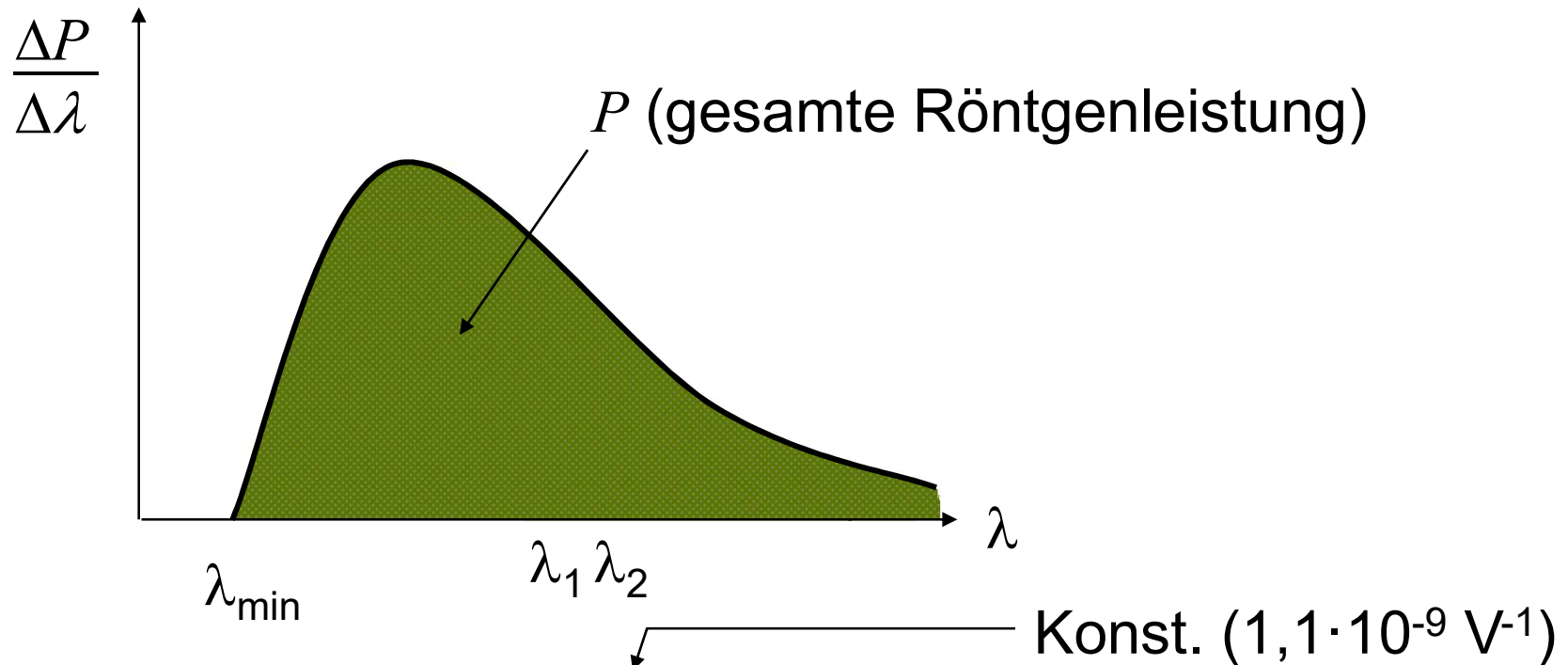
$N_{\text{photon}}$   $\uparrow$

Leistung  $\uparrow$

$$P \sim I$$

~~Ohm~~

# Leistung der Röntgenstrahlung

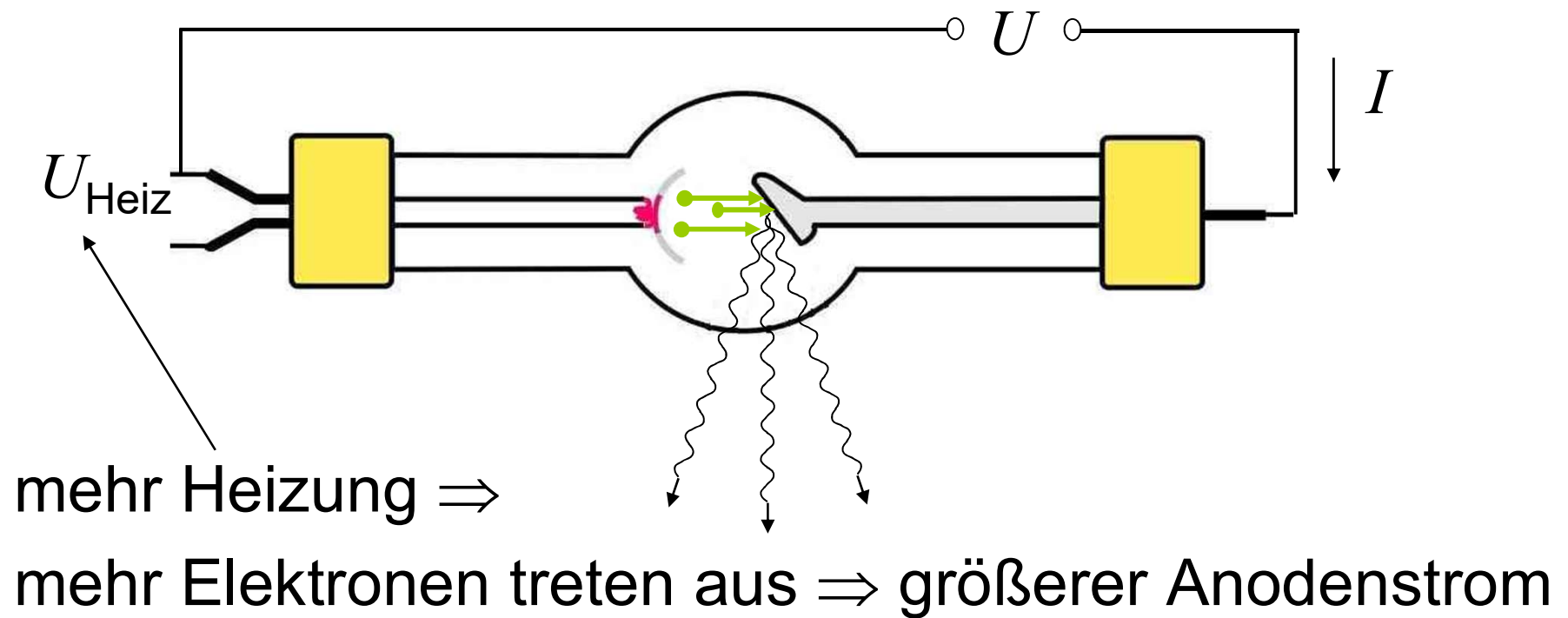


$$P = c_{\text{Rtg}} \cdot U^2 \cdot I \cdot Z$$

Anodenspannung    Anodenstromstärke    Ordnungszahl  
des Anodenmaterials



# Regulierung der Anodenstromstärke



# Wirkungsgrad der Röntgenröhre

$$\text{Wirkungsgrad} = \frac{\text{nützliche Leistung}}{\text{investierte Leistung}}$$

$$\eta = \frac{c_{Rtg} U^2 I Z}{UI} = c_{Rtg} U Z$$

$1,1 \cdot 10^{-9} \text{V}^{-1}$

Anodenmaterial mit hoher Ordnungszahl !

Praktisch: Wolfram ( $Z=74$ )

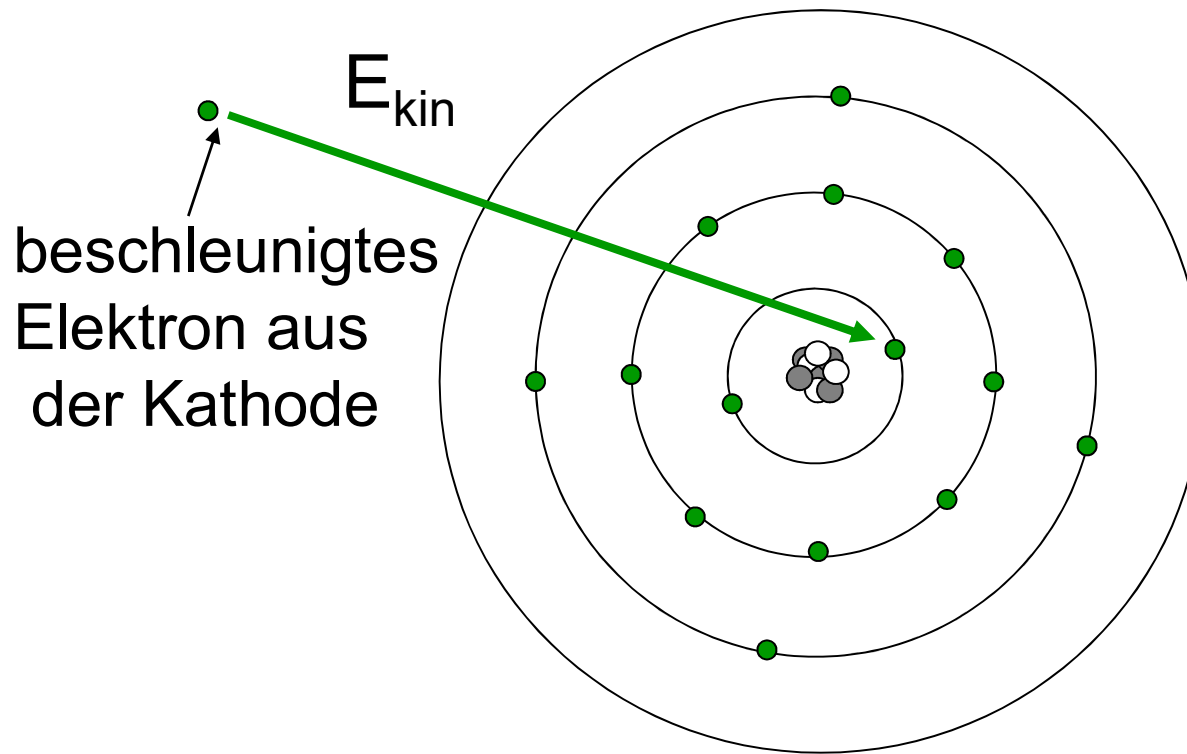
typischer  $\eta$  : 1%    **99% Wärme!**

**$Z_{\text{blei}}=82$  !**

**$T_{\text{Schm,W}} \approx 3400^\circ\text{C}$     $T_{\text{Schm,Pb}} \approx 330^\circ\text{C}$**

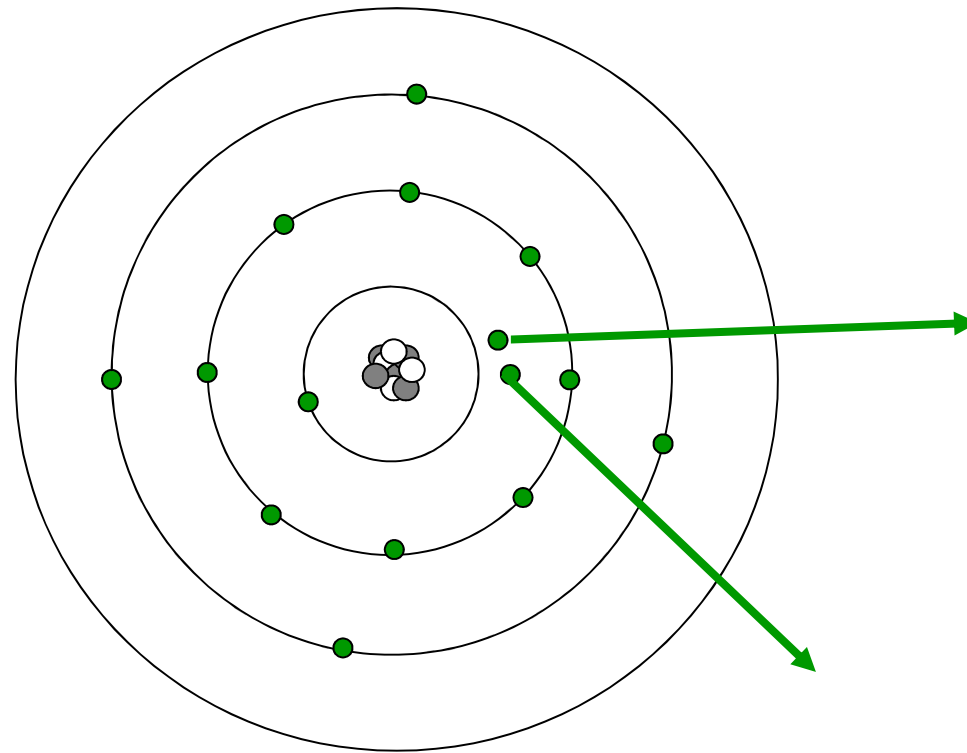
Auch Kühlung der Anode ist notwendig!

# Entstehung der charakteristischen Röntgenstrahlung



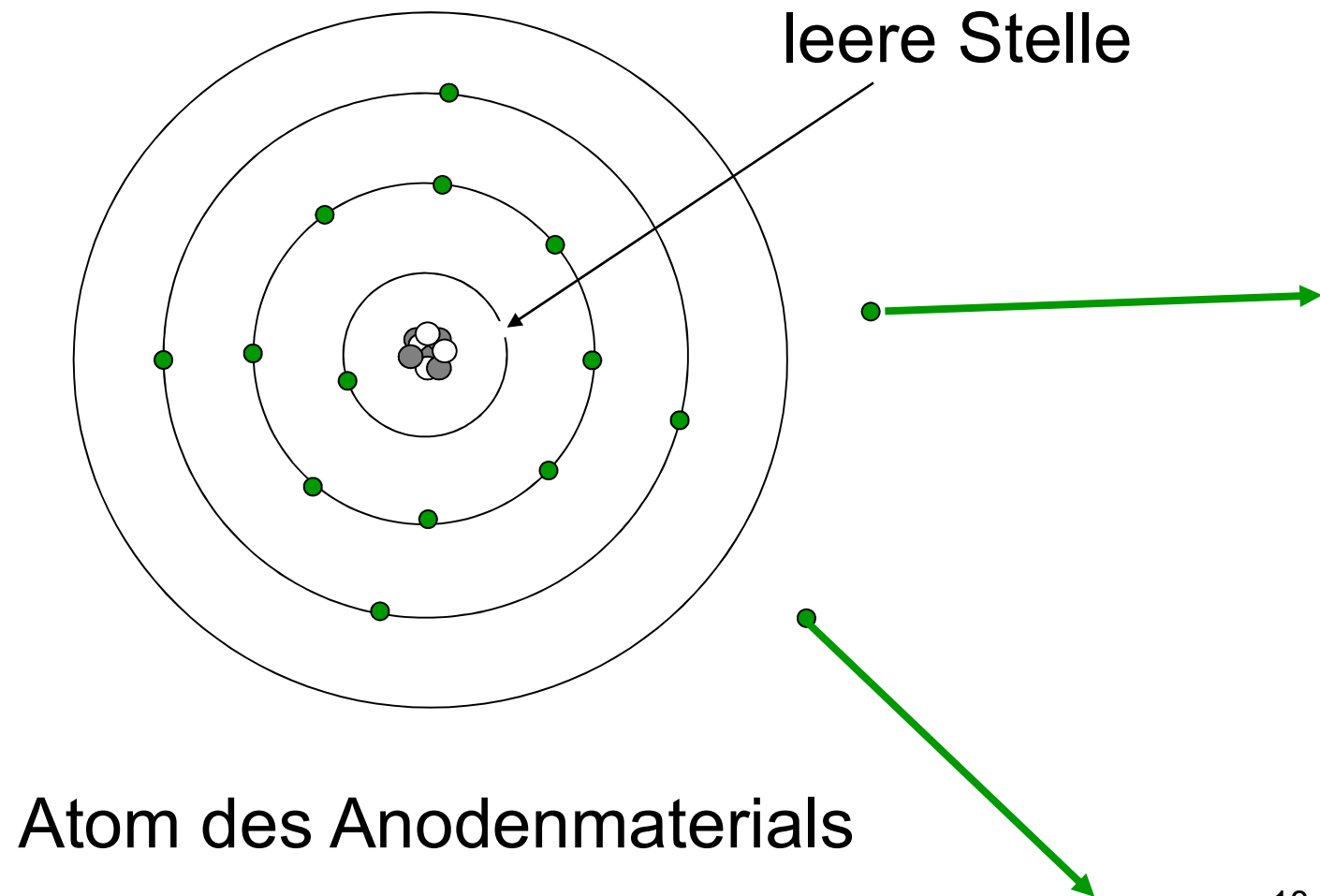
Atom des Anodenmaterials

# Entstehung der charakteristischen Röntgenstrahlung



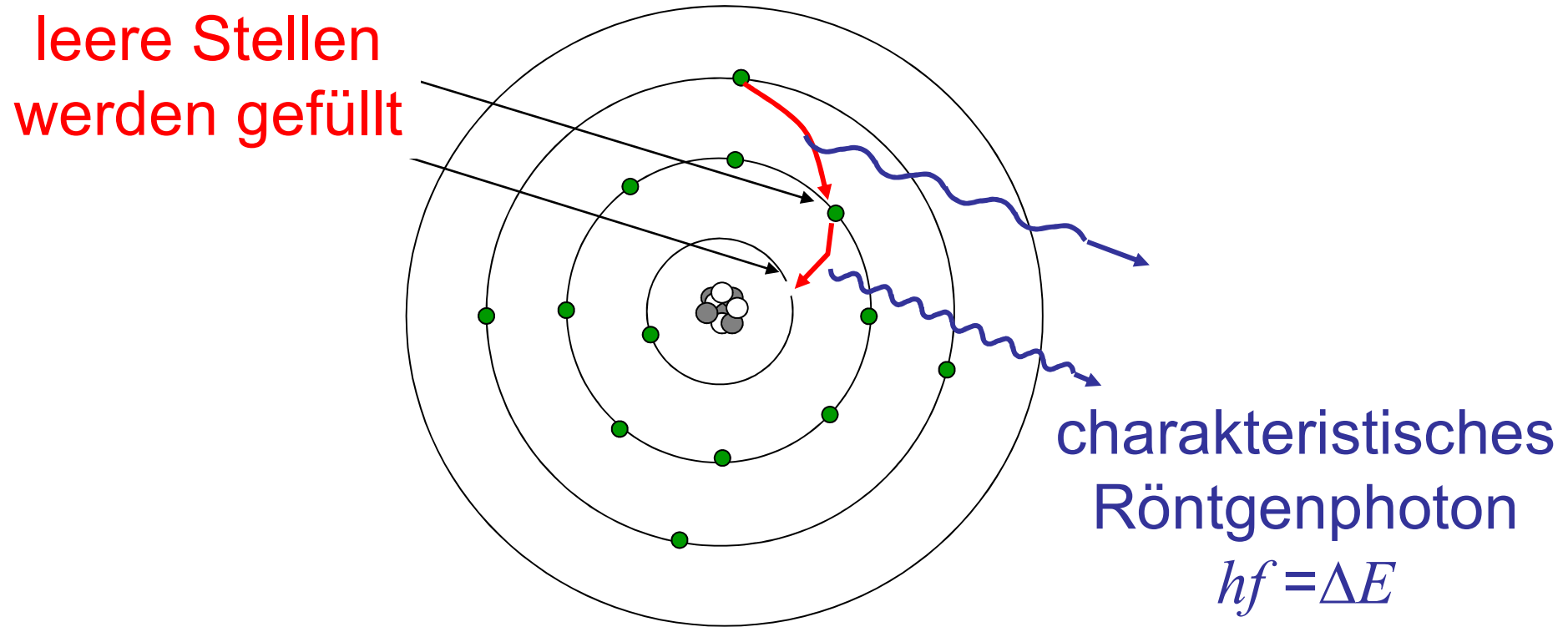
Atom des Anodenmaterials

# Entstehung der charakteristischen Röntgenstrahlung



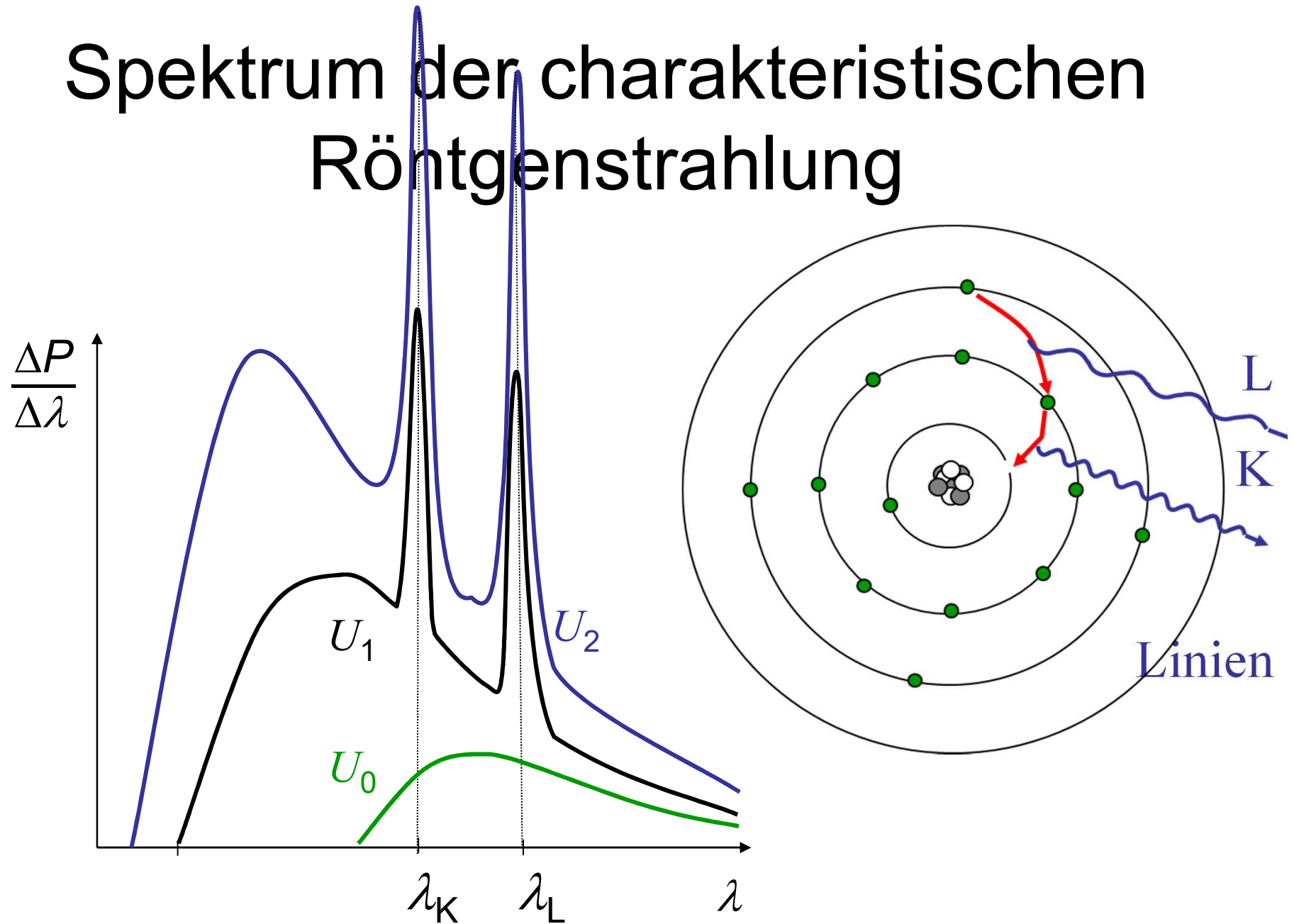


# Entstehung der charakteristischen Röntgenstrahlung



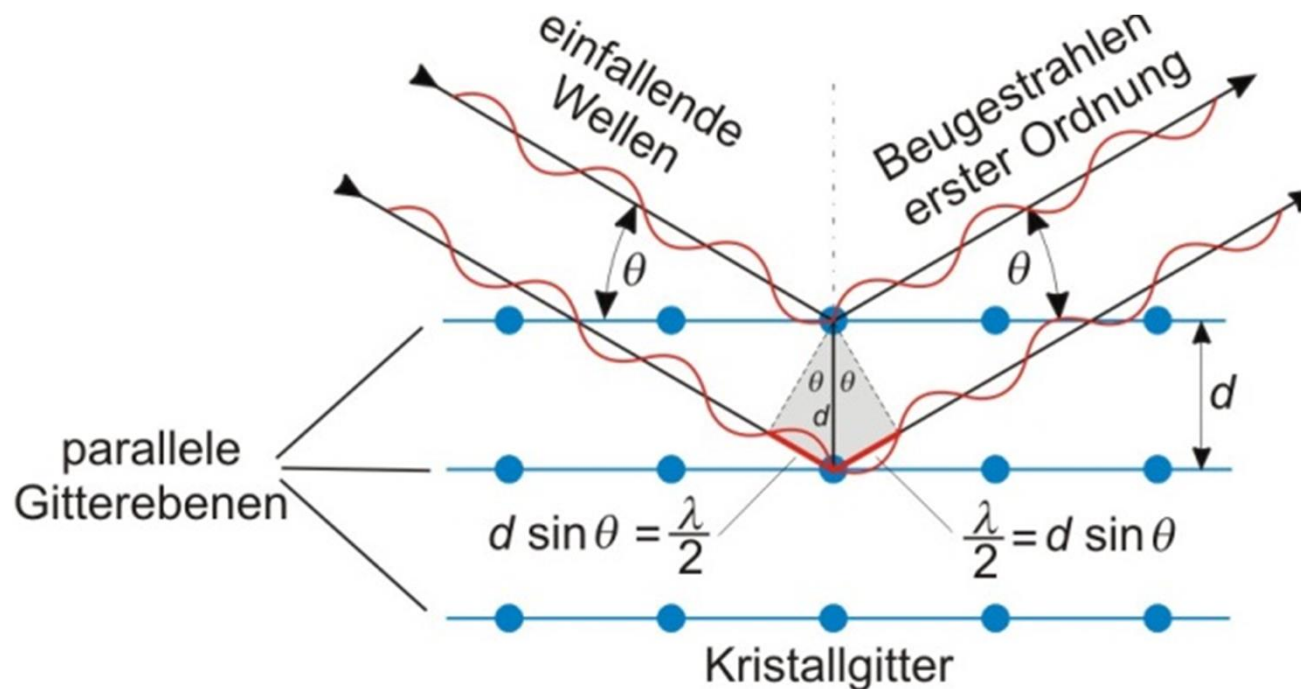
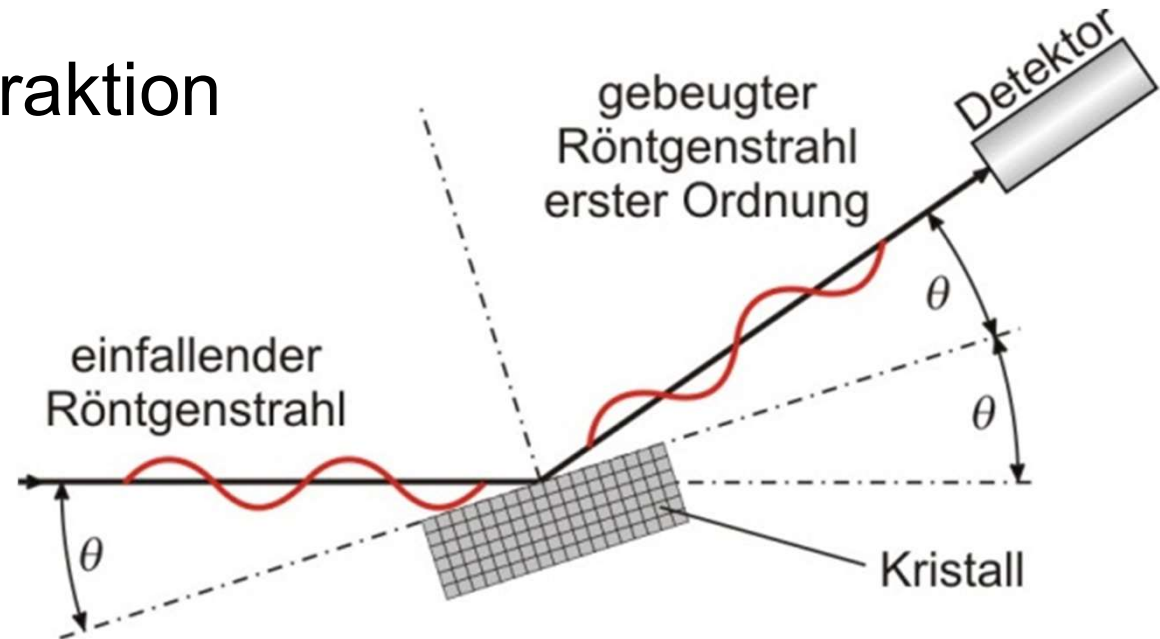
Atom des Anodenmaterials

# Spektrum der charakteristischen Röntgenstrahlung



# Umweg: Röntgendiffraktion

$$\lambda \approx 0,01-0,1 \text{ nm}$$



Bragg-Gleichung:

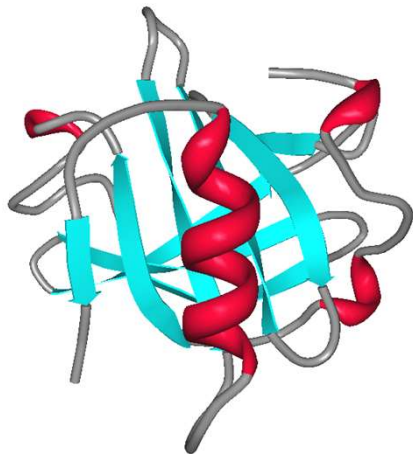
$$2d \sin \theta = n \cdot \lambda$$

# Anwendung der charakteristischen Röntgenstrahlung

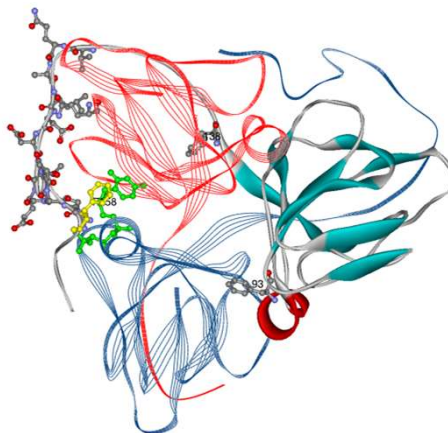
fast monochromatische Röntgenstrahlung

-Diagnostik (zB.: Mammographie)

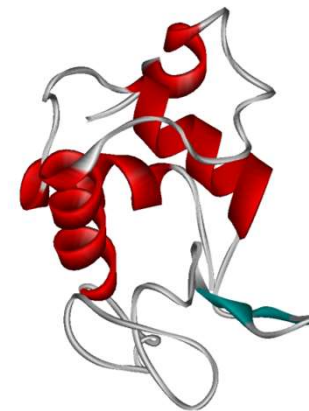
-Strukturanalyse der Materie (Röntgenbeugung)



1B8E



2HQU

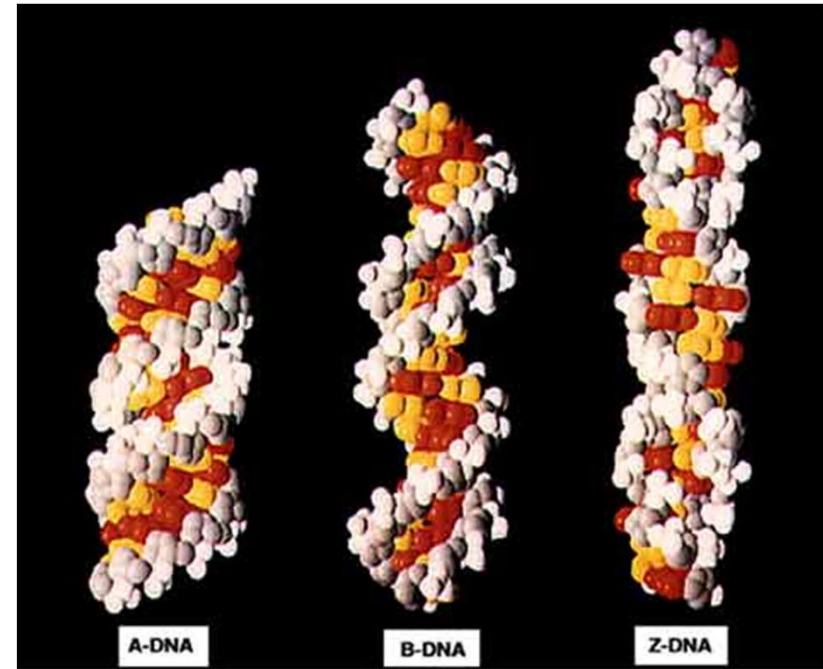


3LZT

Beispiele:

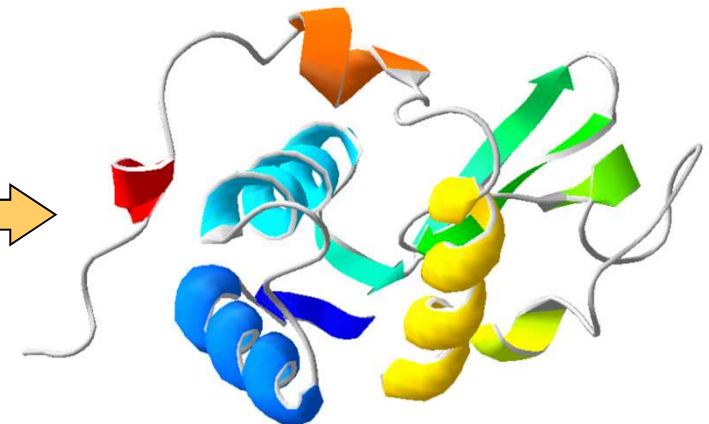
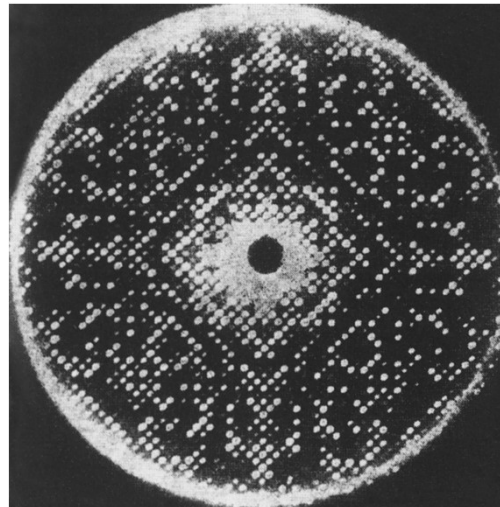
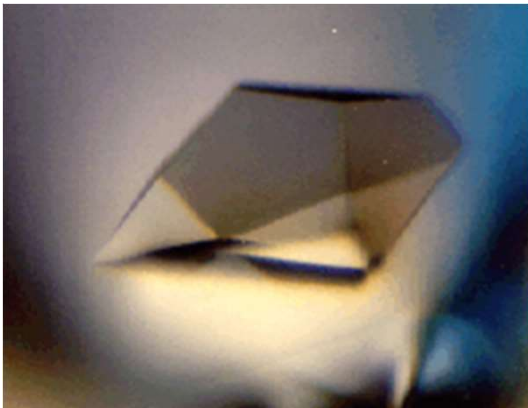


DNA



Lysozyme

Protein-Kristall





# PDB Database: Dreidimensionale Makromolekülstrukturen meistens mit Hilfe der Röntgendiffraktion bestimmt

https://www.rcsb.org/search

RCSB PDB Deposit Search Visualize Analyze Download Learn About Documentation Careers COVID-19 MyPDB Contact us

RCSB PDB PROTEIN DATA BANK

215,684 Structures from the PDB  
1,068,577 Computed Structure Models (CSM)

3D Structures ? Enter search term(s), Entry ID(s), or sequence Include CSM ?

Advanced Search | Browse Annotations Help

PDB-101 wwPDB EMDatabank NAKB wwPDB Foundation PDB-Dev

Search Query History Browse Annotations MyPDB

Use the **Advanced Search Query Builder** tool to create composite boolean queries. See the [Help](#) page for more detailed information.

Advanced Search Query Builder ? Help

Full Text ?

Structure Attributes ? Help

-- Type to filter and/or select an attribute --

Add Attribute Add Subquery Remove Subquery

Add Subquery

Chemical Attributes ?

Sequence Similarity ?

Sequence Motif ?

Structure Similarity ?


Structure Motif ?

Chemical Similarity ?

Return Structures ? grouped by No Grouping ?

Include Computed Structure Models (CSM) ?

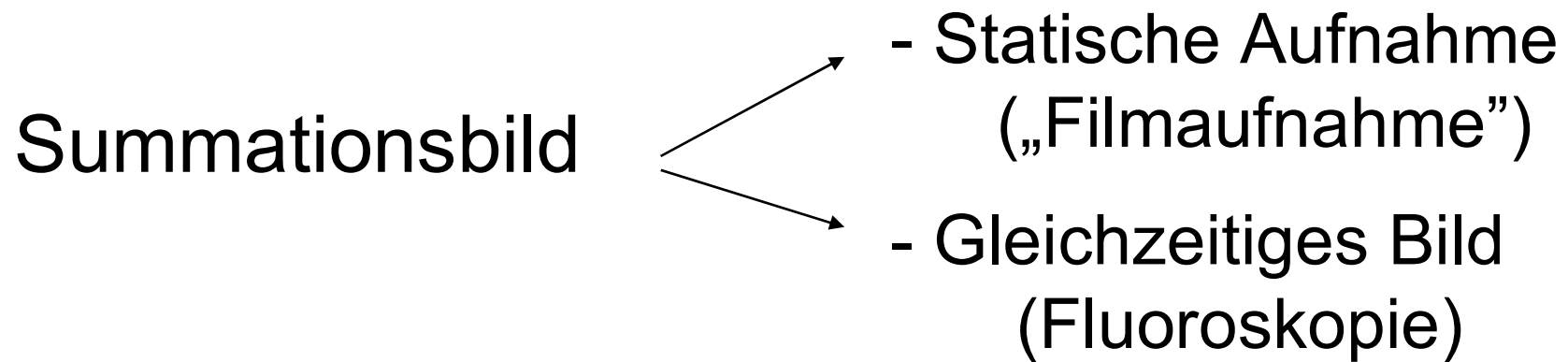
Count Clear Search

A photograph of a medical X-ray room. In the center, a large, white C-arm machine is positioned over a patient table. The table is covered with a blue cloth. The room has white tiled walls and a sink in the background. The text is overlaid on the image.

# Röntgenstrahlung

Erzeugung und Eigenschaften  
Physikalische Grundlagen  
der Röntgendiagnostik  
Röntgentomographie (CT)

# Röntgendiagnostische Verfahren

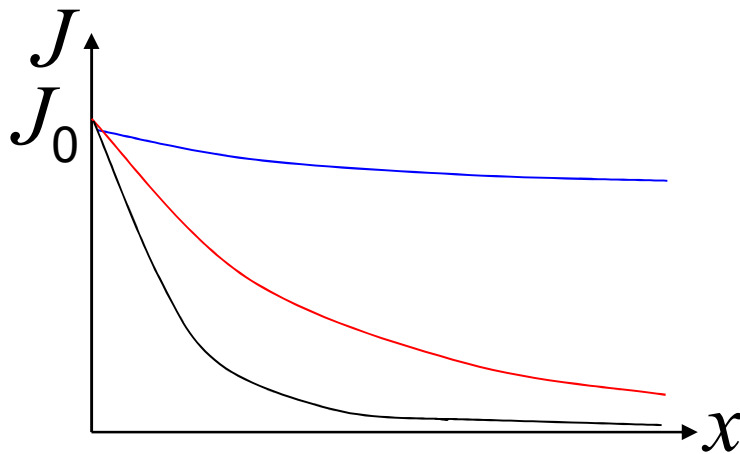


Tomographisches Bild      CT

Spezialitäten: Anwendung von Kontrastmitteln,  
Digitalisierung, Subtraktion

# Grundprinzip der Röntgenbildentstehung

Grundprinzip der Röntgenbildentstehung: Unterschiedliche Strahlungsabsorption der verschiedenen Gewebe.



Luft

Weichteilgewebe

Knochen

# Schwächung der Röntgenstrahlung

## Grund der Röntgendiagnostik

Ähnlich zur Schwächung  
der  $\gamma$ -Strahlung

### Schwächungsgesetz:

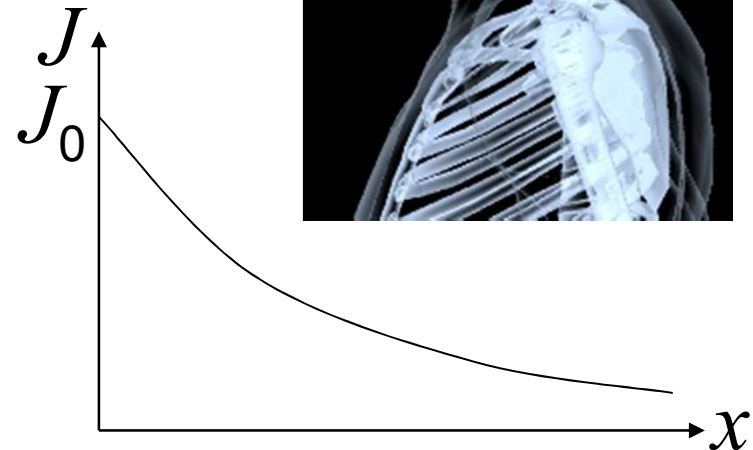
$$J = J_0 \cdot e^{-\mu x}$$

$$\mu(\text{Stoff}, \varrho, \lambda) = \mu_m(\text{Stoff}, \lambda) \cdot \varrho$$

$Z$

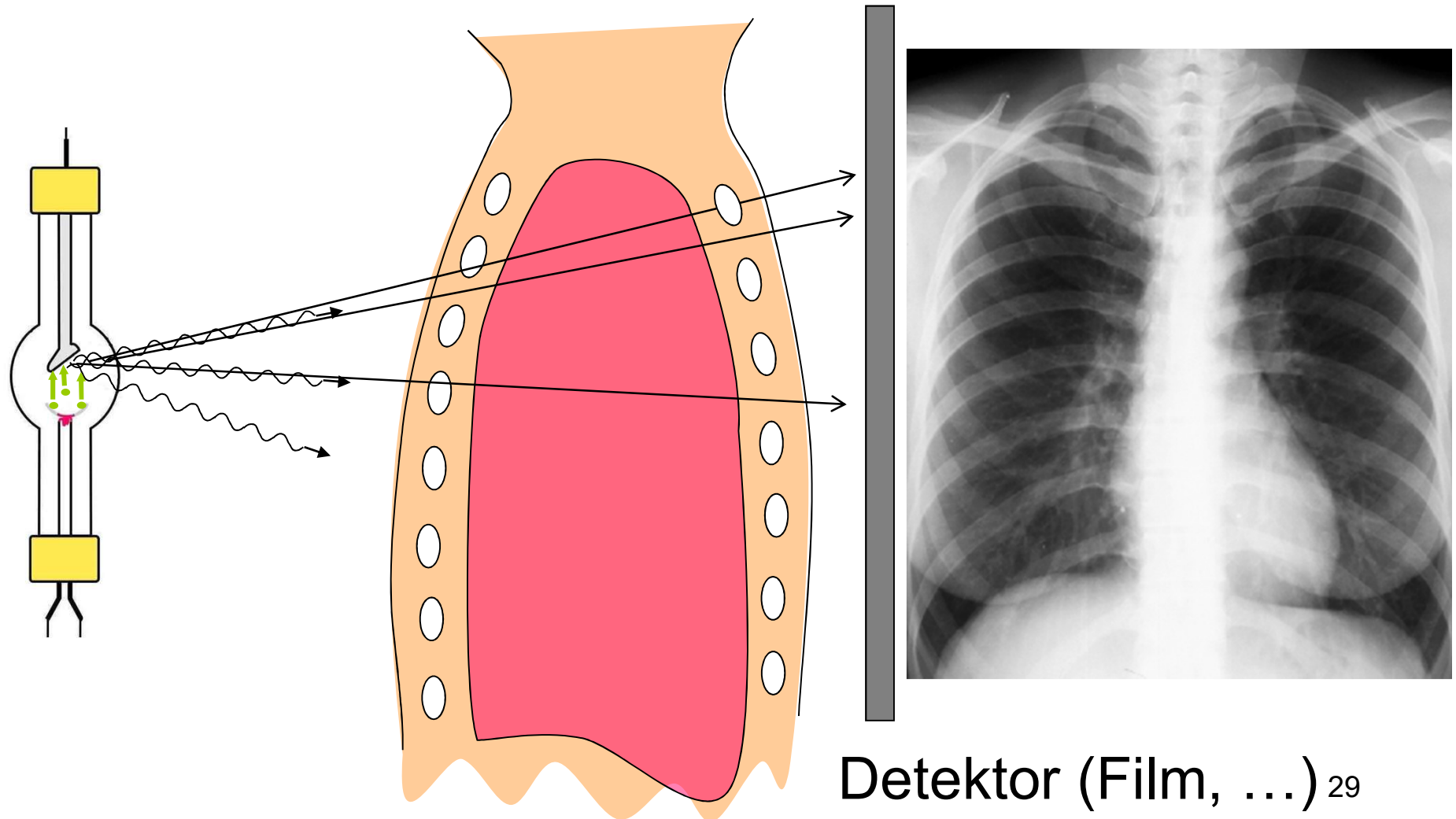
$\lambda$  oder  $E_{\text{photon}}$

Massen-  
schwächungs-  
koeffizient

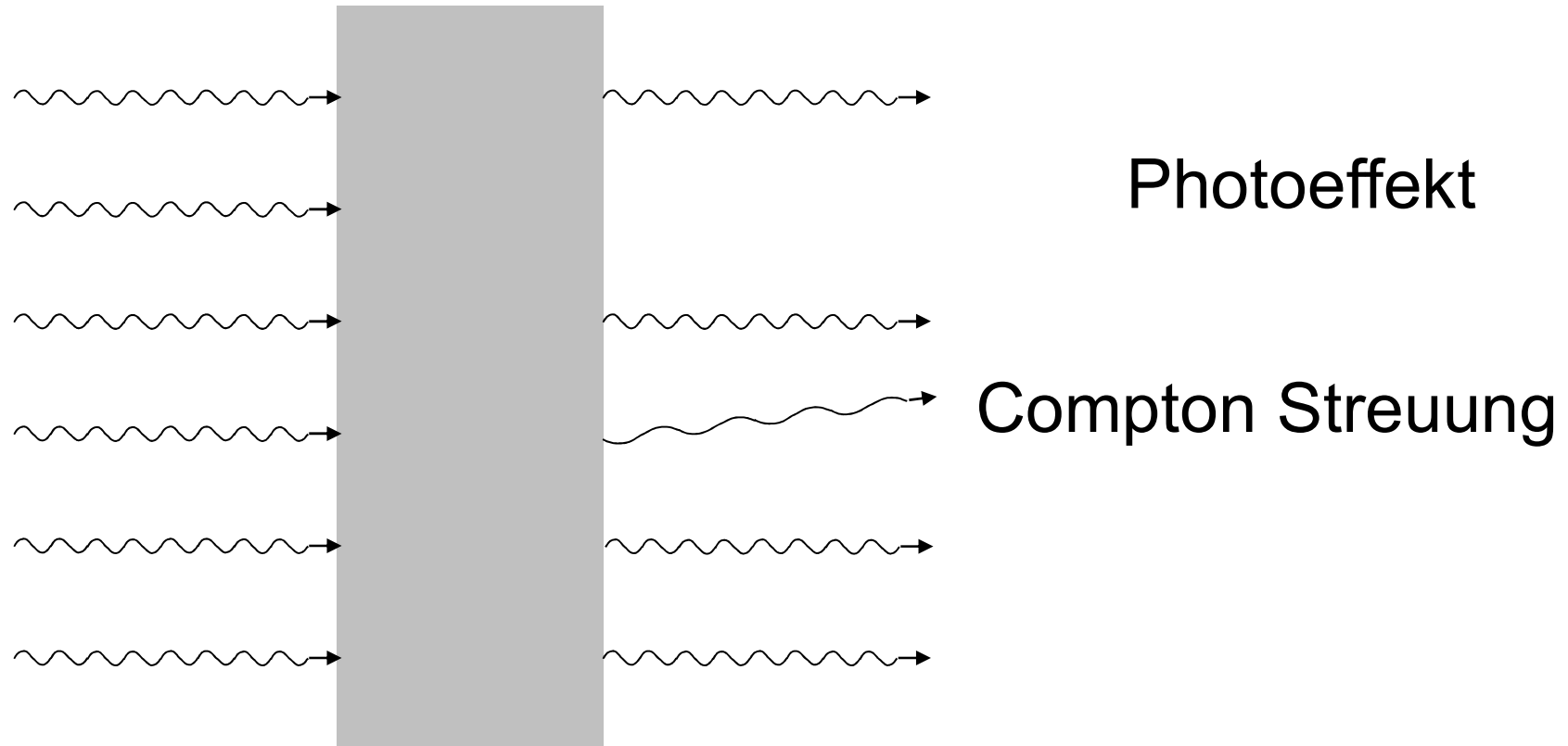




# Grundprinzip der Summationsaufnahmen



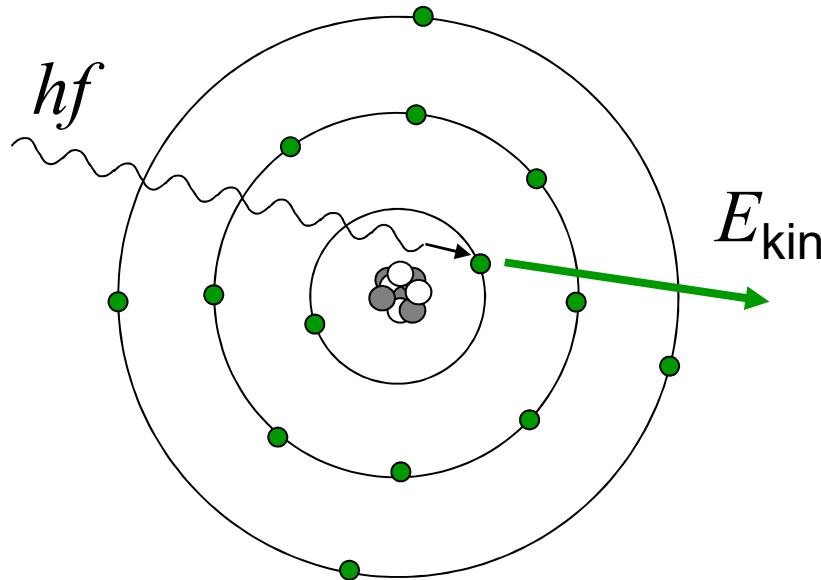
# Teilprozesse der Schwächung der Röntgenstrahlung



$$\mu_m = \tau_m + \sigma_m (+ \kappa_m)$$

unterschiedliche Stoff(Z)-  
und  $\lambda$  (oder  $E_{ph}$ ) Abhängigkeit

# Photoeffekt



$$\tau_m = \text{const} \frac{Z^3}{E_{\text{Photon}}^3}$$

$$\tau_m = \text{const} \cdot \lambda^3 \cdot Z^3$$

starke  $Z$  Abhängigkeit!  
diagn. Bedeutung!

Beispiel:

**10%  $Z$  Unterschied**

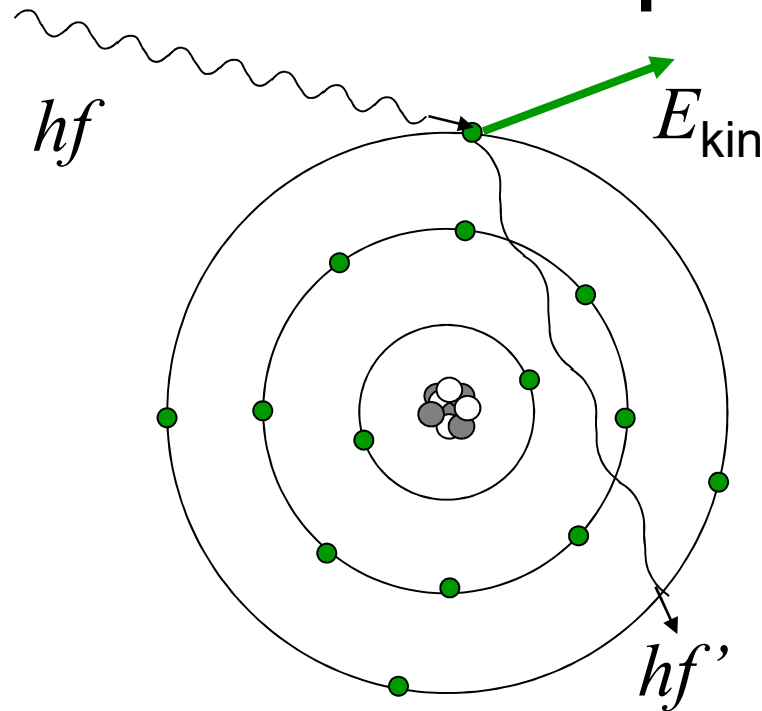
110%=1,1

$1,1^3=1,331$

**33%  $\tau_m$  Unterschied!**

bei weicher Strahlung

# Compton Streuung



$$\sigma_m = \text{const} \cdot Z / A$$

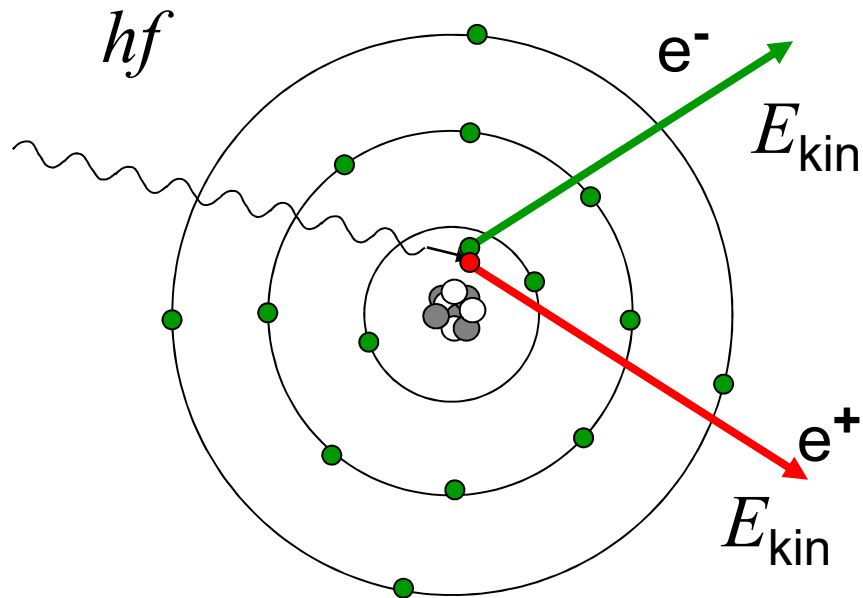
praktisch unabhängig von  $Z$  !

zB:

	C	P	Ca	Pb
$Z$	6	15	20	
$A$	12	$\approx 31$	40	
$Z/A$	0,5	0,48	0,5	

Schwache Wellenlängenabhängigkeit:  $\sigma_m \sim \sqrt{\lambda}$

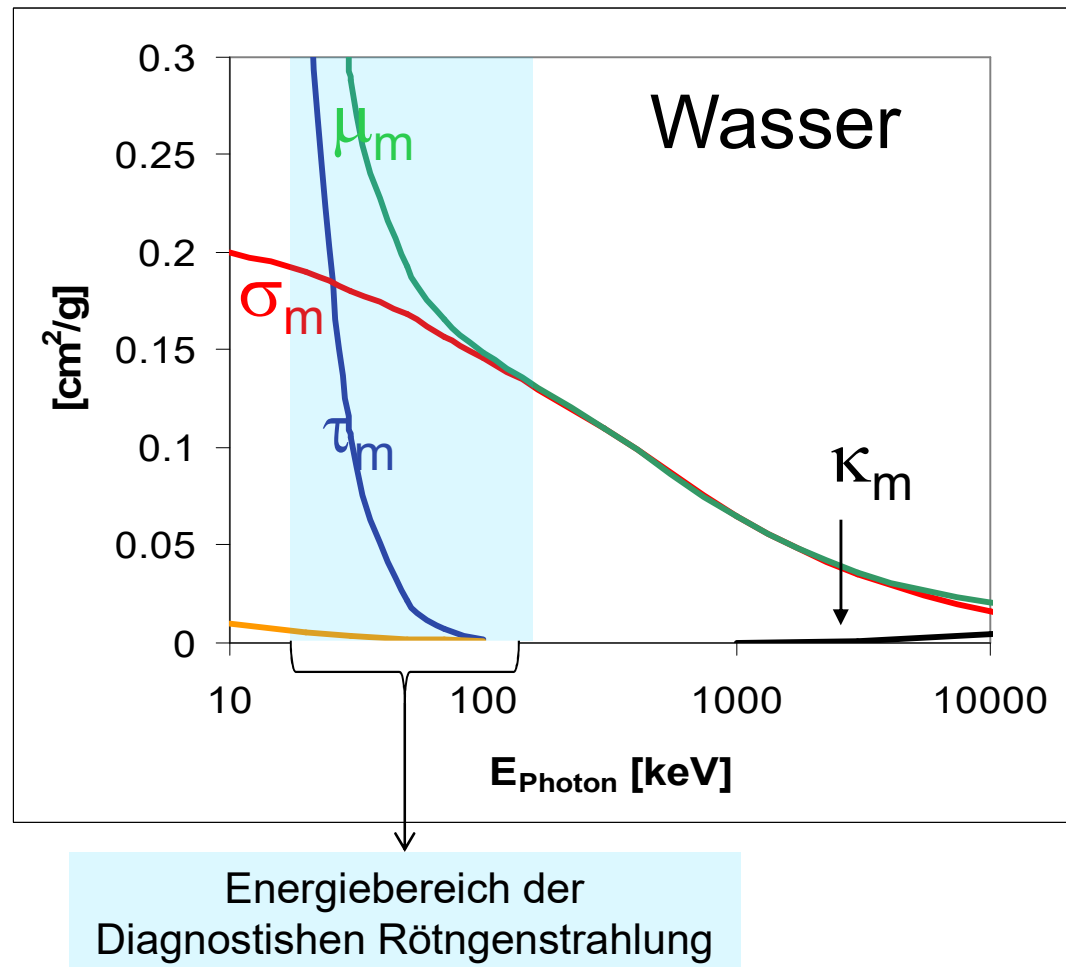
# Paarbildung



$$hf \geq 2 m_e c^2 \approx 1\text{MeV}$$

nur bei therap. Rtg.  
und  $\gamma$ -Strahlung

# Photonenenergieabhängigkeit des Schwächungskoeffizienten

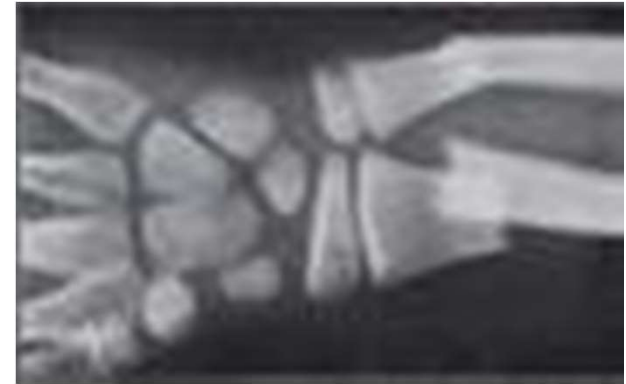
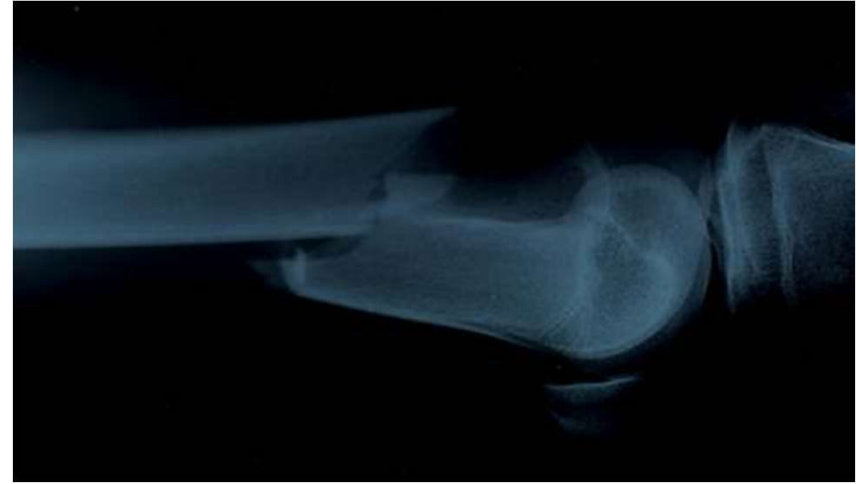


# Warum die unterschiedliche gewebe unterschiedlich absorbieren?

Effektive Ordnungszahl der Gewebe

Element	Z	% Masse		
		in Fett-gewebe	in weichem Gewebe	in Knochen
H	1	11,2	10,2	8,4
C	6	57,3	12,3	27,6
N	7	1,1	3,5	2,7
O	8	30,3	72,9	41
P	15		0.2	7
Ca	20		0.007	14,7

Effektive Ordnungszahl:  $\approx 6$       7,4      13,8 <sup>35</sup>





# Kontrastmittel

Positives Kontrastmittel:

mehr Absorption

$$\mu \uparrow \quad \mu_m \uparrow \quad Z_{\text{eff}} \uparrow$$

$$\tau_m = \text{const} \cdot \lambda^3 \cdot Z^3$$

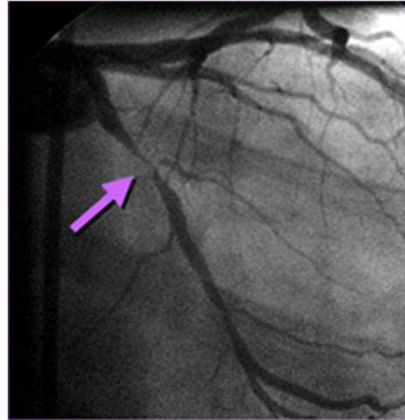
Jod (Z= 53)

Blutgefäß  
(Angiographie)

Barium (Z=56)

Magen, Darm  
in Form von  $\text{BaSO}_4$

# Angiographie





# Kontrastmittel

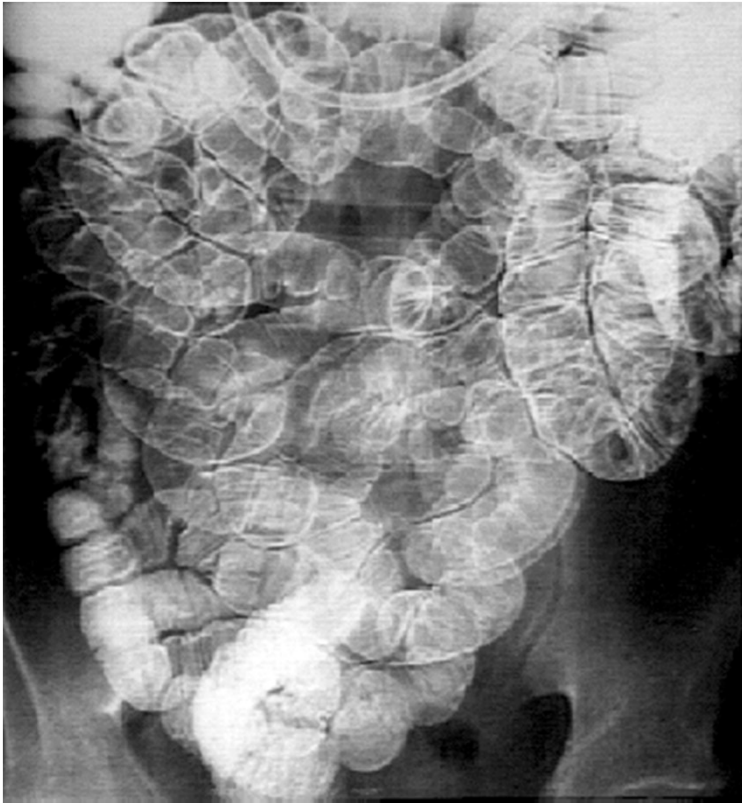
Negatives Kontrastmittel:

wenige Absorption  $\mu \downarrow$   $\rho \downarrow$   $\mu_m - Z_{\text{eff}} -$   
Luft, CO<sub>2</sub> (Gase) in Darm

Doppelkontrast: gleichzeitige Anwendung  
von einem positiven und einem negativen  
Kontrastmittel.

BaSO<sub>4</sub> + Luft in Darm.

# Doppelkontrastaufnahmen



# Direkte digitale Röntgentechnik





# Direkte digitale Röntgentechnik

- Vorteile
  - digitale (Nach)verarbeitung
    - kontrast
    - grauwertspreizung (Fenster)
    - Filter: Rauschunterdrückung
  - Bildspeicherung,  
(PACS picture archiving and communication systems)
  - elektronische Weitergebung der Bilder (Internet)  
(Patient in VS, Arzt in India!)



A photograph of a CT scanner in a clinical setting. The scanner is a large, white, cylindrical machine with a patient bed extending from it. In the background, there are light-colored cabinets and a blue wall. The text is overlaid on the image, with a vertical line separating the title from the descriptive text.

# Röntgenstrahlung

Erzeugung und Eigenschaften

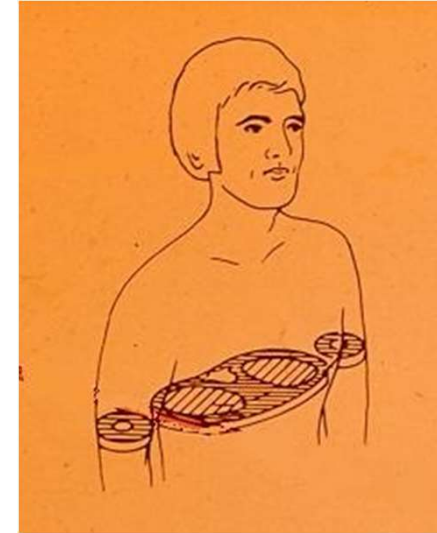
Physikalische Grundlagen  
der Röntgendiagnostik

## Röntgentomographie (CT)

# CT

- Computed tomography  
(Computer-Tomographie)  
tomos=Schicht (griechisch)

Τομος



=> Tomographie =Schichtaufnahme

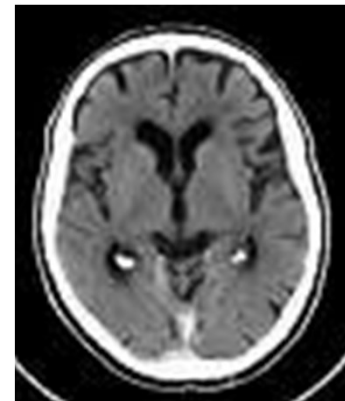
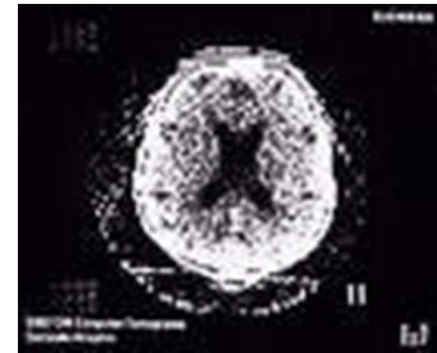
Auf der Körperachse senkrecht stehende  
Schicht wird abgebildet.

# Geschichte der Tomographie

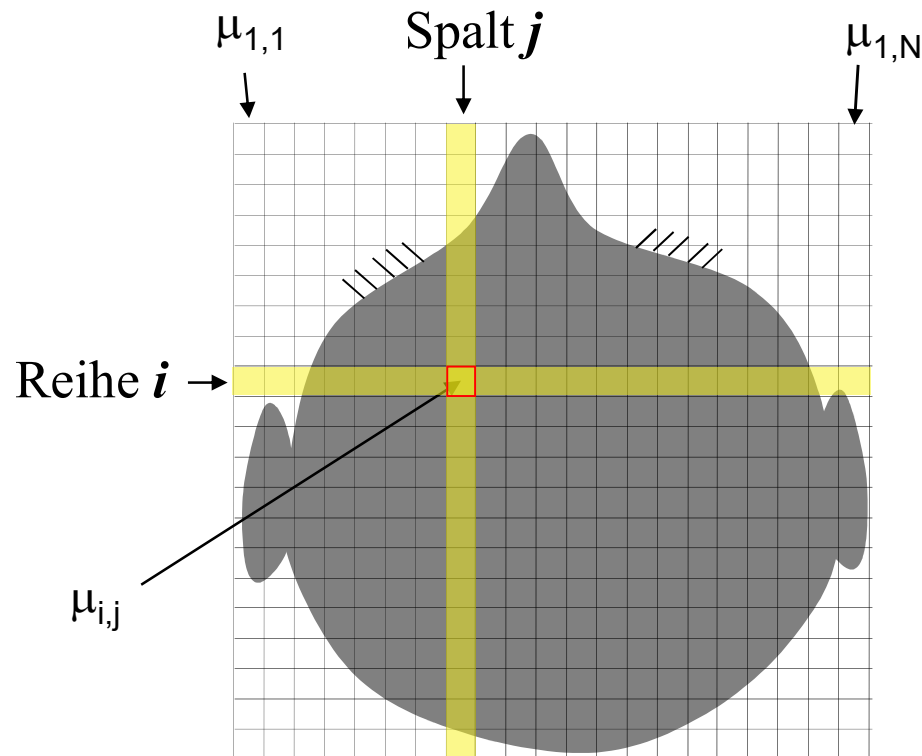
Godfrey N. Hounsfield  
und Allan M. Cormack



- 1972 Prototyp
- 1974 erste klinische Anwendung
- 1976 ganzkörper-CT
- 1979 Nobel Preis
- 1990 spiral CT
- 1992- multislice
  - 2006: 64 Schichten



# Grundprinzip der Computertomographie



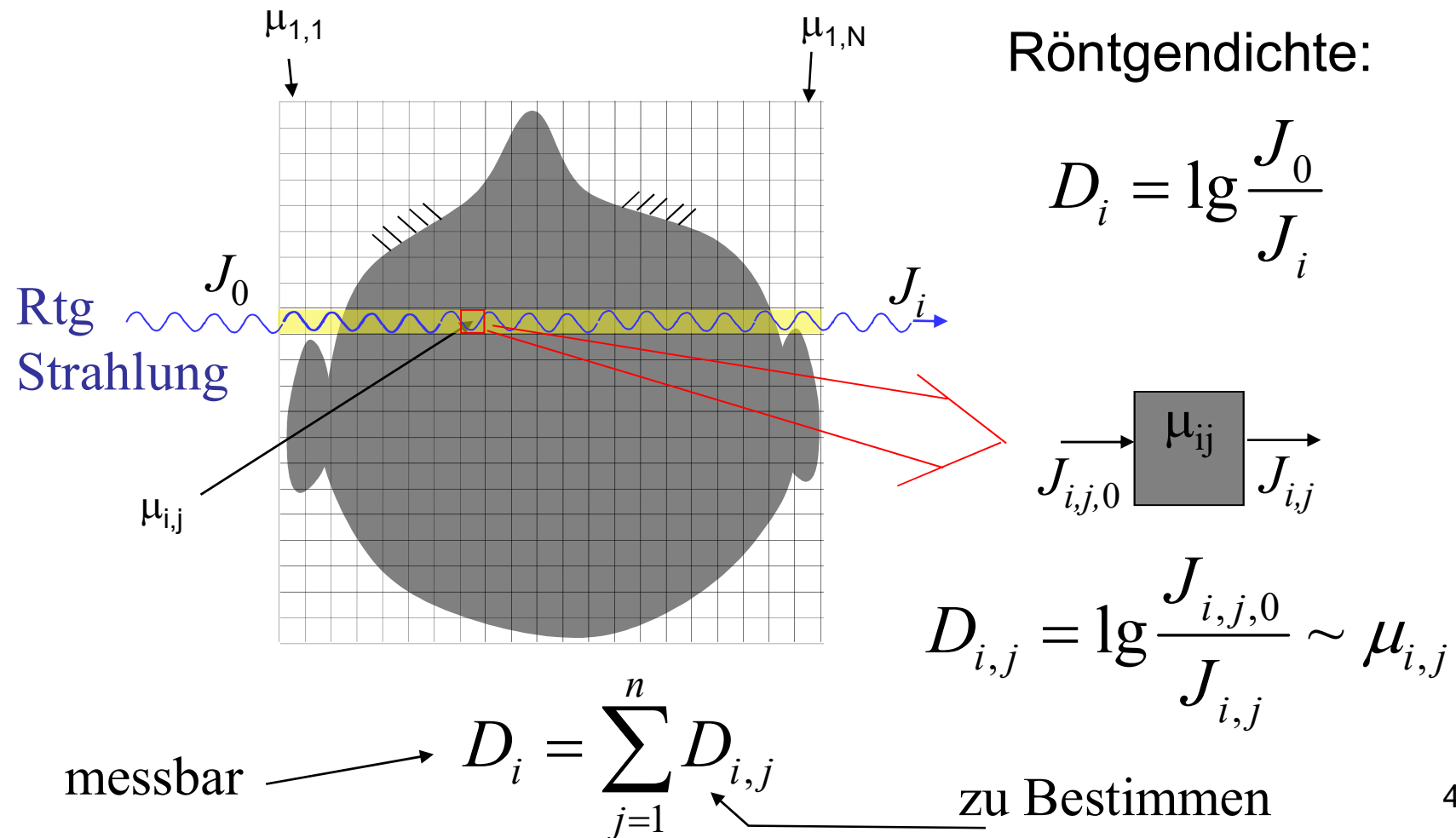
In einem Kästchen ist  $\mu$  als konstant betrachtet.

=> die Einzelheiten die kleiner als die Kästchengröße sind, werden nicht aufgelöst.

$\mu_{i,j}$  ist der Schwächungskoeffizient des  $j$ -ten Elementes in der Reihe  $i$ .

NxN Tabelle (Matrix)

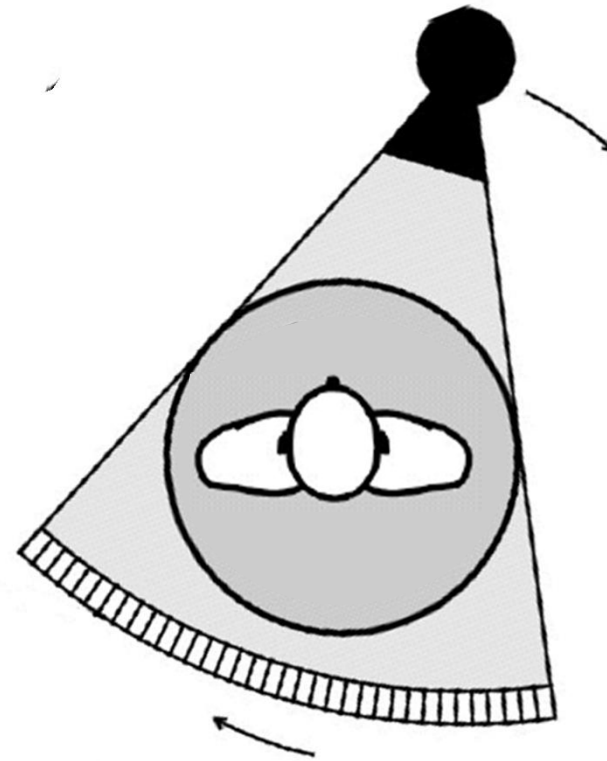
# Messung und Bildrekonstruktion



# Messung Aufnahme

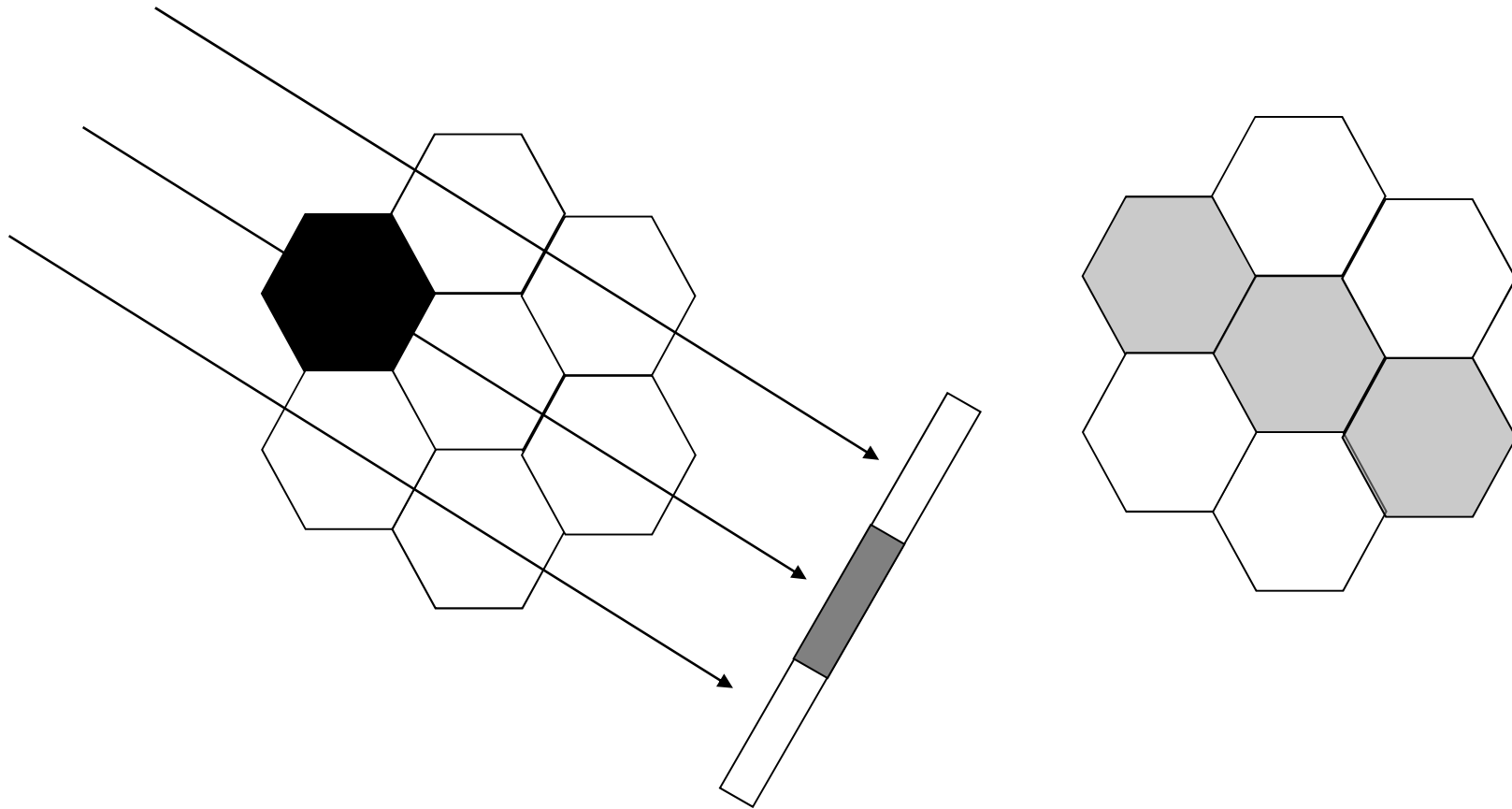
Die Röntgenröhre und  
Der Detektorenbogen  
kreissen den Patient um.

Aufnahmen aus vielen  
Richtungen

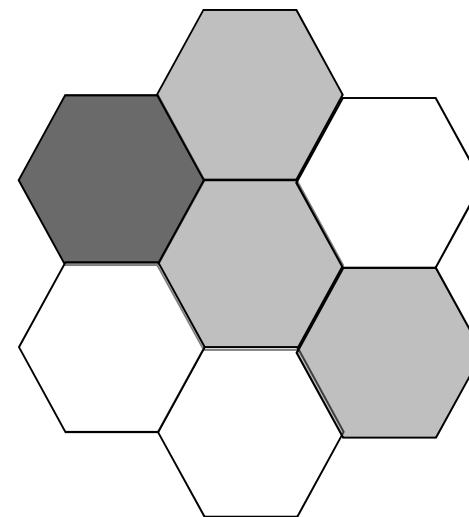
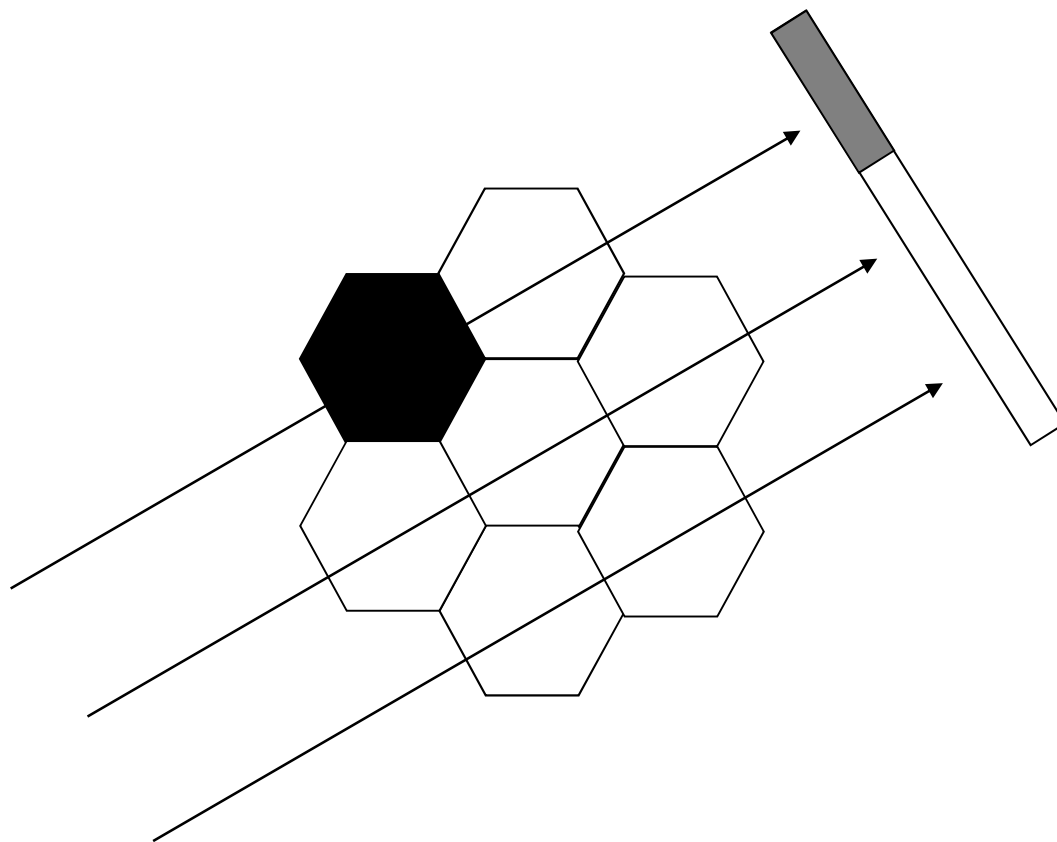


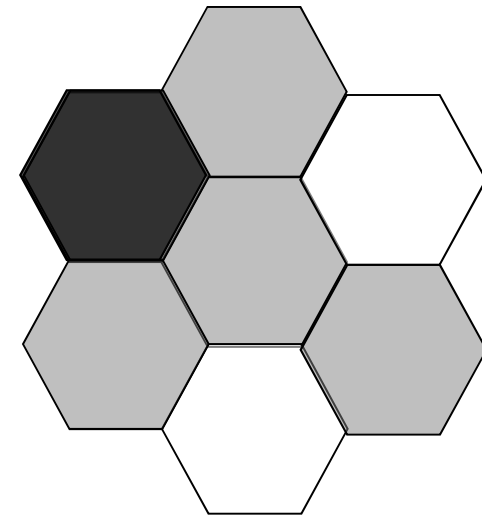
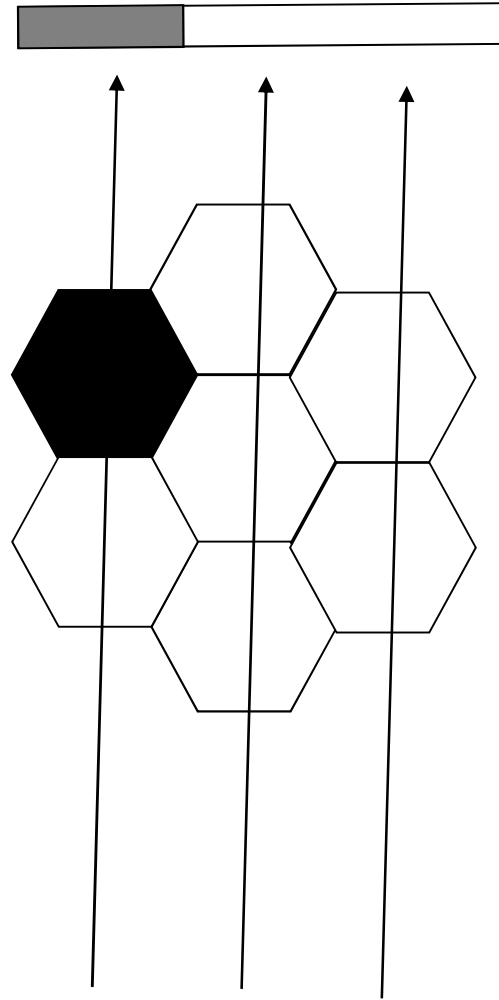
Bildrekonstruktion:  
Rückprojektion

# Prinzip der Rückprojektion









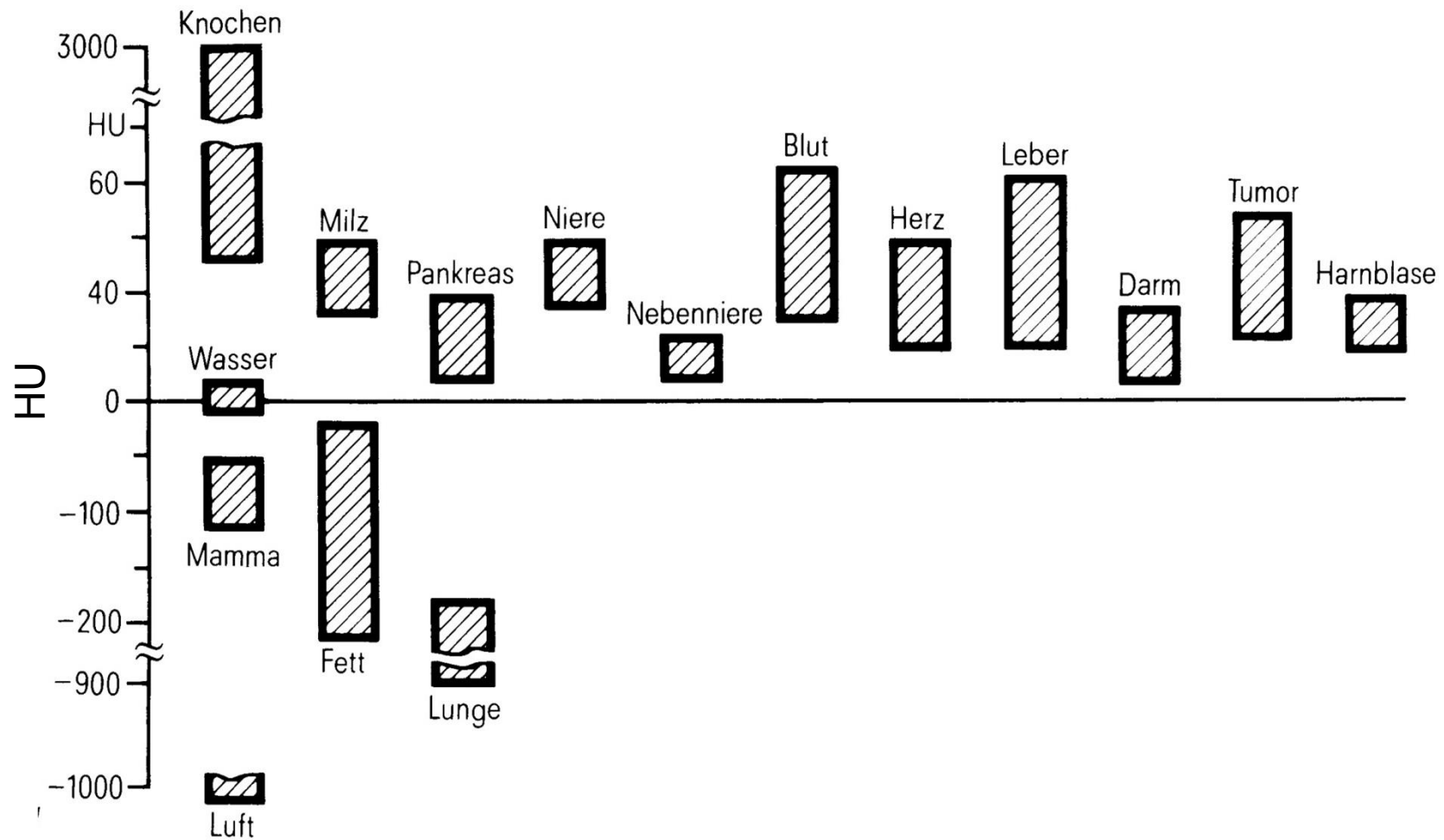
# Darstellung mit Grautöne: Hounsfield Skala (CT Wert)

$$HU = \frac{\mu - \mu_{\text{wasser}}}{\mu_{\text{wasser}}} 1000$$

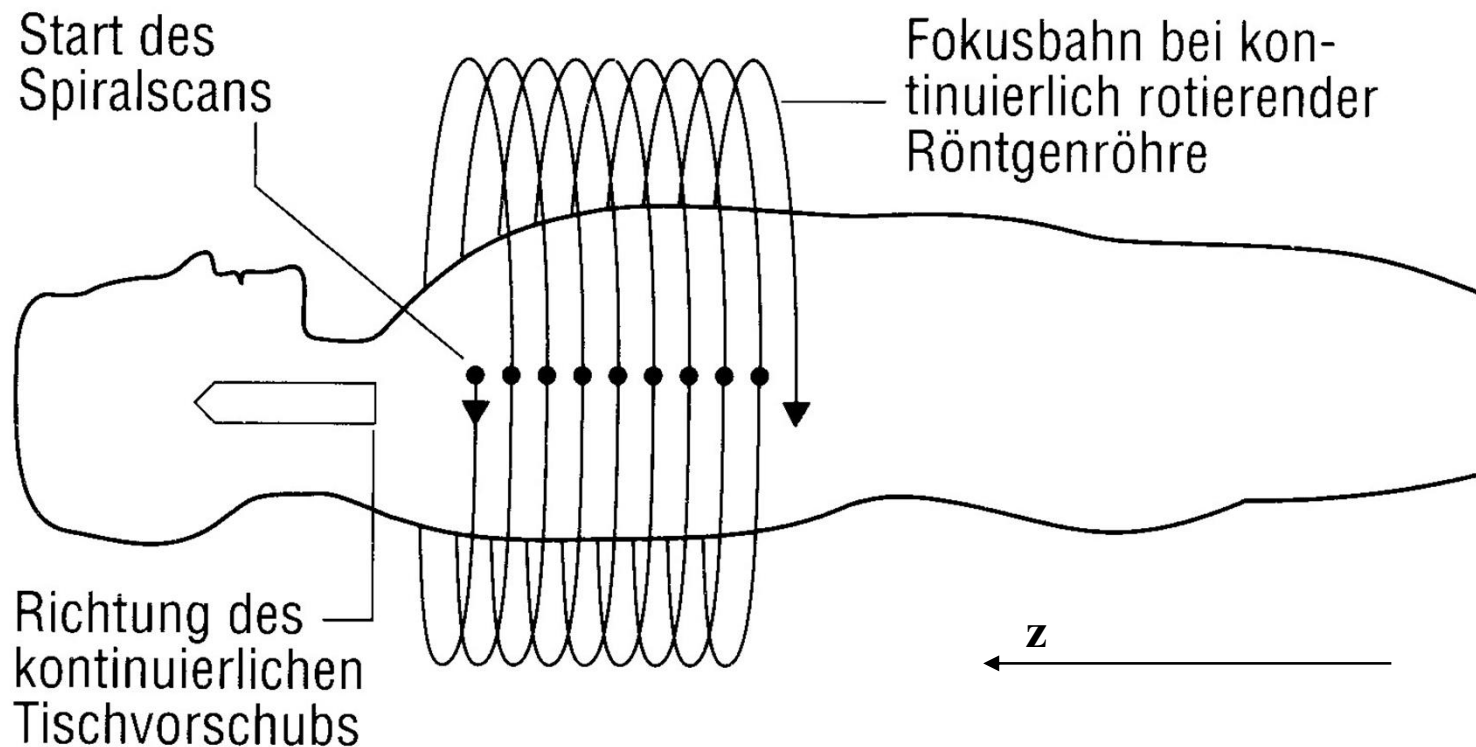
relative Skala  
für  $\mu$

Wasser	= 0
Luft	= -1000
Knochen	100-1000
Weichteilgewebe	$\approx 0$
Lunge	<0

# CT Werte von einigen Gewebe



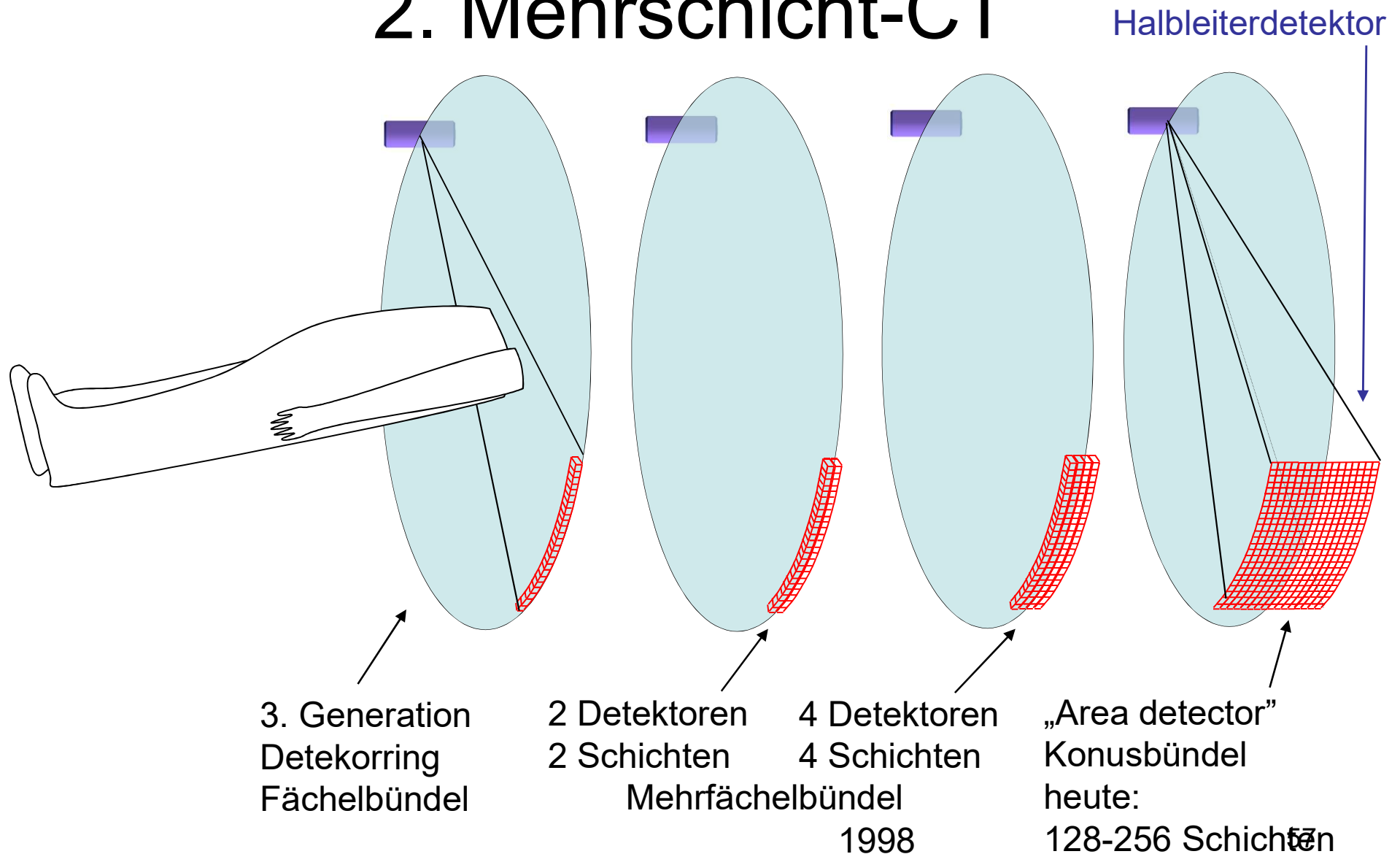
# Moderne CT Verfahren: 1. Spiral CT



Das schichtbild kann man in einem beliebigen  $z$  Position gerechnet werden.

# Moderne CT Verfahren:

## 2. Mehrschicht-CT



# Dreidimensionale Visualisierung

