



SEMMELWEIS EGYETEM

Biofizikai és Sugárbiológiai Intézet,
Nanokémiai Kutatócsoport



Transzportjelenségek az élő szervezetben I.

Zrínyi Miklós

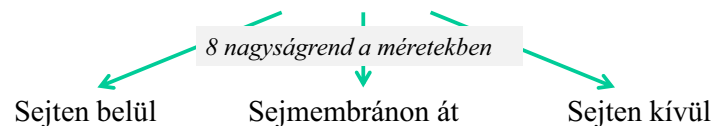
egyetemi tanár, az MTA r. tagja
mikloszrinyi@gmail.com

2015

Transzport folyamatok élettani szerepe

szerv	transzport
légzőrendszer	oxigén → vér széndioxid ← tüdő
keringési rendszer	oxigén → vörösvértestek széndioxid eltávolítás antitestek és sejtek → fertőzés
emésztőrendszer	emésztés és felszívódás
máj	szénhidrát tárolás és kibocsájtás, koleszterin metabolizmus, plazma és lipoprotein szintézis mérgek lebontása urea szintézis
vese	plazma szűrés Metabolikus bomlástermékek kiválasztás plazma térfogat és vér pH állandó tartása

Biológiai anyag transzport folyamatok



konvektív transzport,
konduktív transzport
átadásos transzport,
diffúzió,
passzív diffúzió,
aktív transzport,
összetett transzport

Biológiai rendszerek karakterisztikus távolságai

egység	Méret (m)
Proteinek és nukleinsavak	10^{-8}
sejtszervecskék	10^{-7}
sejtek	10^{-6}
kapillárisok	10^{-4}
szervek	10^{-1}
test	10^0

TRANSPORTFOLYAMATOK



Sir Isaac Newton
(1642-1727)



Jean-Baptiste-Joseph Fourier
(1768-1830)



Adolf Eugen Fick
(1829-1901)



Lars Onsager
(1903-1976)

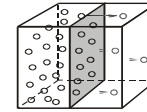
Azokat a folyamatokat, amelyek során **energia, anyag, töltés** vagy valamilyen **más extenzív jellegű mennyiség** egyik helyről egy másik helyre jut el, **transzportfolyamatoknak** nevezzük.

Hordozók:

- részecskék** (atomok, molekulák és ionok), amelyek **anyagot, energiát, impulzust** és **töltést** hordozhatnak,
- elektronok**, amelyek **energiát, impulzust** és **töltést** hordozhatnak,
- fotonok**, amelyek **energiát** hordozhatnak.

Alapvető mennyiségek:

- az extenzív mennyiség **árama**
- intenzív mennyiség **hajtóereje**



áramsűrűség
 j_E

hajtóerő
 ∇y

<i>komponensáram sűrűség:</i>	$j_n [\text{mol m}^{-2} \text{s}^{-1}]$	∇c
<i>energiaáram sűrűség:</i>	$j_U [\text{J m}^{-2} \text{s}^{-1}]$	∇T
<i>impulzusáram sűrűség:</i>	$j_i [\text{kg m}^{-1} \text{s}^{-2}]$	∇v
<i>töltésáram sűrűség:</i>	$j_Q [\text{Coulomb} \cdot \text{m}^{-2} \text{s}^{-1}]$	$\nabla \psi$

diffúzió,
hővezetés,
folyadékok áramlása,
töltések áramlása,

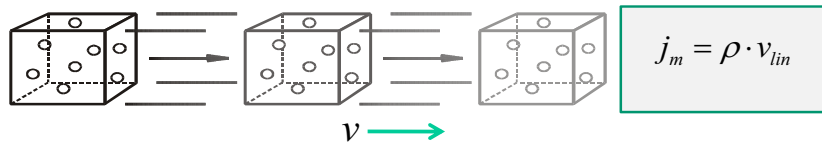
$\nabla = \text{gradiens}$

$$\nabla = \frac{\partial}{\partial x} \mathbf{e}_x + \frac{\partial}{\partial y} \mathbf{e}_y + \frac{\partial}{\partial z} \mathbf{e}_z$$

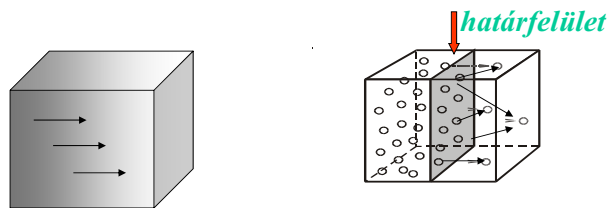
átadási transzport

Anyagtranszport

konvektív anyagtranszport: molekulahalmaz együttes elmozdulása



konduktív anyagtranszport: molekulák elmozdulása "nyugvó közegben"

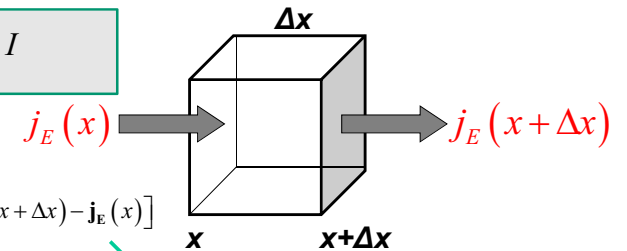


vezetési transzport

átadási transzport

Megmaradó extenzív mennyiségek globális és lokális mérlegegyenlete

$$\frac{dE}{dt} = I_{be} + I_{ki} = I$$



$$I = \frac{dE}{dt} \Big|_{(\Delta x)^3} = -(\Delta x)^2 [\mathbf{j}_E(x + \Delta x) - \mathbf{j}_E(x)]$$

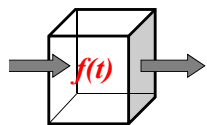
$$\frac{d\rho_E}{dt} = \frac{1}{V} \frac{dE}{dt} = \frac{1}{(\Delta x)^3} \cdot \frac{dE}{dt} \longrightarrow \frac{d\rho_E}{dt} = -\frac{\mathbf{j}_E(x + \Delta x) - \mathbf{j}_E(x)}{\Delta x}$$

Kontinuitási egyenlet:

$$\frac{\partial \rho_E}{\partial t} = -\nabla \cdot \mathbf{j}_E = -\text{div } \mathbf{j}_E$$

$$\nabla = \frac{\partial}{\partial x} \mathbf{e}_x + \frac{\partial}{\partial y} \mathbf{e}_y + \frac{\partial}{\partial z} \mathbf{e}_z$$

A mérlegegyenlet és a hajtóerő kapcsolata konduktív transzportfolyamatoknál



$$\frac{\partial \rho_E(\mathbf{r}, t)}{\partial t} = -\nabla j_E = -\text{div} \cdot j_E$$

$$j_E = -k \nabla \rho_E$$

$$\frac{\partial \rho_E}{\partial t} = -\text{div}(-k \text{grad} \rho_E) = -\nabla(-k \nabla \rho_E)$$

$$\frac{\partial \rho_E}{\partial t} = k \cdot \text{div}(\text{grad} \cdot \rho_E) = k \nabla^2 \rho_E$$

$$\frac{\partial \rho_E}{\partial t} = k \nabla^2 \rho_E$$

1D

$$\left(\frac{\partial \rho_E}{\partial t} \right)_x = k \left(\frac{\partial^2 \rho_E}{\partial x^2} \right)_x$$

Laplace operátor: $\nabla^2 = \frac{\partial^2}{\partial x^2} + \frac{\partial^2}{\partial y^2} + \frac{\partial^2}{\partial z^2}$ → a görbületre jellemző

Konduktív transzportfolyamatok egységes leírása

	diffúzió	hővezetés	reológia
ÁRAM:	komponens áram (tömeg áram)	energia áram	impulzus áram
HAJTÓERŐ:	∇c	∇T	∇v
ÁRAMSŰRŰSÉG:	$j_n = -D \nabla c$	$j_Q = -k \nabla T$	$j_i = -\eta \nabla v$
VÁLTOZÁS:	$\frac{\partial c}{\partial t} = D \nabla^2 c$	$\frac{\partial T}{\partial t} = \alpha \nabla^2 T$	

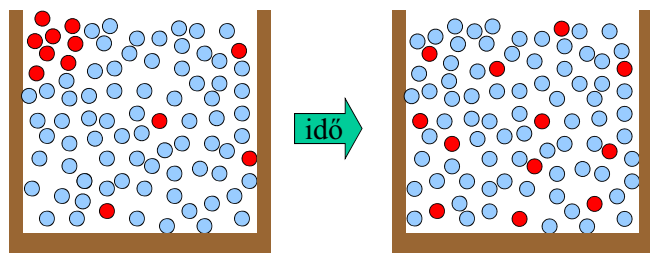
Fick

Fourier

Newton

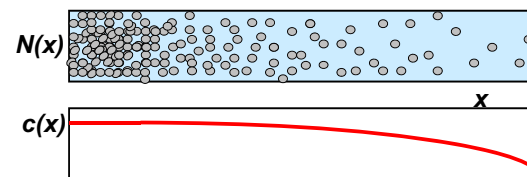
Laplace operátor: $\nabla^2 = \frac{\partial^2}{\partial x^2} + \frac{\partial^2}{\partial y^2} + \frac{\partial^2}{\partial z^2}$

DIFFÚZIÓ



A diffúzió elmélete: Fick törvények

A diffúziós folyamatok mikroszkopikus leírása az N részecskeszámmal és a makroszkopikus leíráshoz használt $c(x)$ lokális koncentráció-eloszlással.



megoldás:

$$c(x, t)$$

$$c(\mathbf{r}, t)$$

Fick I. törvénye:

$$j_A = -D \cdot \text{grad} c_A$$

$$j_A = -D \nabla c_A$$

1D

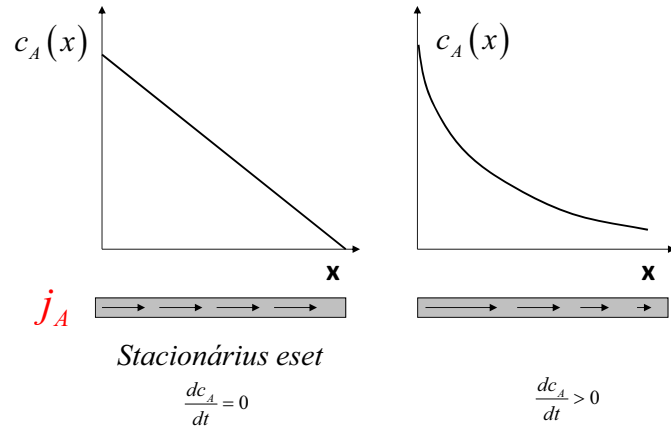
$$j_A = -D \cdot \frac{dc_A}{dx}$$

- a diffúzió anyagáram a koncentráció térbeli változásának a meredekségével arányos,
- a diffúziós áram a csökkenő koncentráció irányába folyik,
- $D > 0$

Csak óvatosan, mert nem ∇c az igazi hajtóerő !

A komponens áramsűrűség és a koncentráció eloszlás kapcsolata

$$j_A = -D \cdot \frac{dc_A}{dx}$$



A mérlegegyenlet és a hajtóerő kapcsolata a diffúzió példáján (Fick törvények)

$$\frac{\partial c_A(\mathbf{r}, t)}{\partial t} = -\nabla \cdot \mathbf{j}_n = -\text{div} \cdot \mathbf{j}_n \quad \mathbf{j}_A = -D \nabla c_A$$

$$\frac{\partial c_A}{\partial t} = -\text{div}(-D \text{grad } c_A) = -\nabla \cdot (-D \nabla c_A)$$

Fick I

$$\frac{\partial c_A}{\partial t} = D \cdot \text{div} \cdot (\text{grad} \cdot c_A) = D \nabla^2 c_A$$

Fick II

$$\frac{\partial c}{\partial t} = D \nabla^2 c$$

1D

$$\left(\frac{\partial c}{\partial t} \right)_x = D \left(\frac{\partial^2 c}{\partial x^2} \right)_t$$

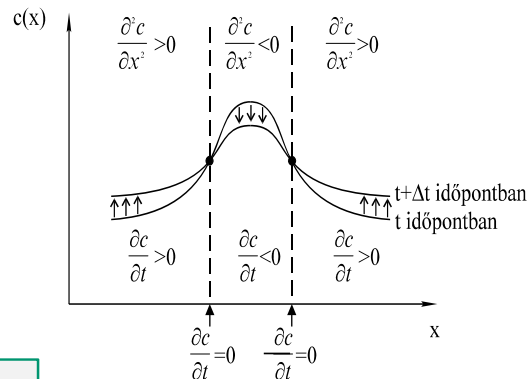
Laplace operátor: $\nabla^2 = \frac{\partial^2}{\partial x^2} + \frac{\partial^2}{\partial y^2} + \frac{\partial^2}{\partial z^2}$

$$j_A = -D \cdot \frac{dc_A}{dx}$$

Fick I. törvénye

$$\left(\frac{\partial c_A}{\partial t} \right)_x = D \left(\frac{\partial^2 c_A}{\partial x^2} \right)_t$$

Fick II. törvénye



$$\frac{d}{dt} \cdot \left| \left(\frac{\partial^2 c}{\partial x^2} \right) \right| < 0$$

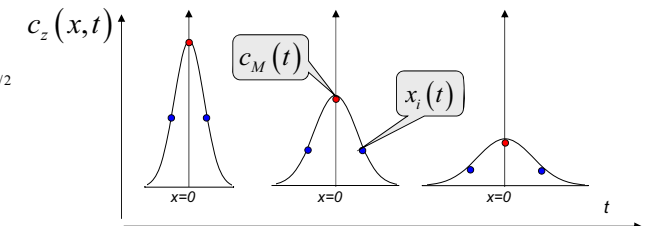
A diffúzió nem kedvez a mintázatok kialakulásának! Morfogenézis !?

Koncentráció-zóna egydimenziós szabad diffúziója

$$c_M(t) = \frac{c_o \delta_x}{(4\pi D)^{1/2}} \cdot t^{-1/2}$$

$$x_i(t) = \sqrt{2D} \cdot t^{1/2}$$

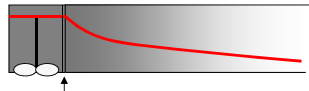
$$c_i(t) = c_M(t) \cdot \frac{1}{\sqrt{e}}$$



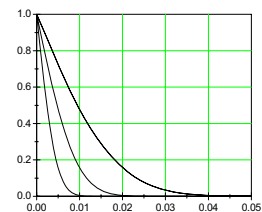
$$c_z(x, t) = \frac{n}{A_x (4\pi D t)^{1/2}} \cdot \exp\left(-\frac{x^2}{4Dt}\right) = \frac{c_o \delta_x}{(4\pi D t)^{1/2}} \cdot \exp\left(-\frac{x^2}{4Dt}\right)$$

Tisztán diffúziós jelenségeknél a karakterisztikus távolságok az idő négyzetgyökével arányosan változnak!

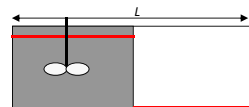
Egyirányú diffúzió végtelen hosszú térfélben



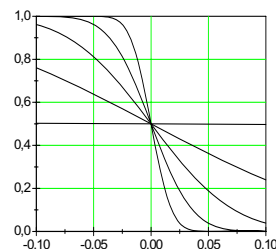
$$c_f(x,t) = c_o \left[1 - \operatorname{erf} \left(\frac{x}{2\sqrt{Dt}} \right) \right]$$



Egyirányú diffúzió véges rendszerben

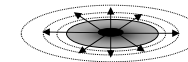
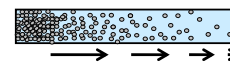


$$c_f(x,t) = \frac{c_o}{2} \left[1 - \operatorname{erf} \left(\frac{x}{\sqrt{4Dt}} \right) \right]$$



$$\operatorname{erf}\left(\frac{x}{2\sqrt{Dt}}\right) = \frac{2}{\sqrt{\pi}} \cdot \int_0^{\frac{x}{2\sqrt{Dt}}} e^{-s^2} ds$$

Fick II. törvénye



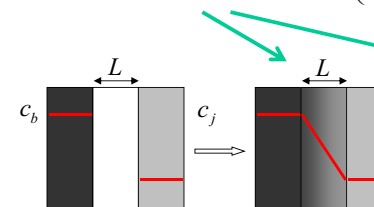
Egyirányú diffúzió nál

$$\left(\frac{\partial c_A}{\partial t}\right)_x = D \left(\frac{\partial^2 c_A}{\partial x^2}\right)$$

Radiális diffúzió

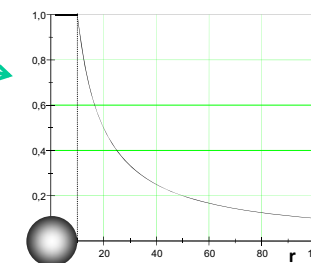
$$\left(\frac{\partial c}{\partial t}\right)_r = D \cdot \left(\frac{\partial^2 c}{\partial r^2} + \frac{2}{r} \cdot \frac{\partial c}{\partial r}\right)$$

Stacionárius diffúzió: $\left(\frac{\partial c_A}{\partial t}\right)_r = 0$



$$c(x) = -\frac{c_b - c_j}{L}x + c_b$$

lineáris

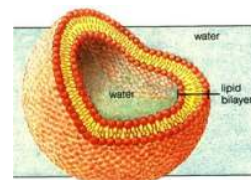
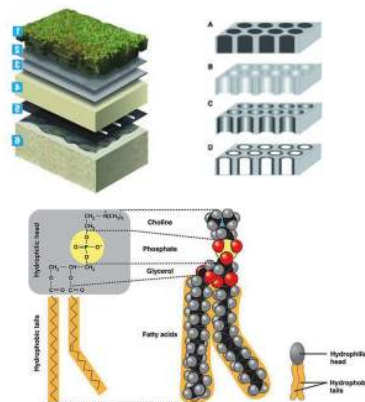
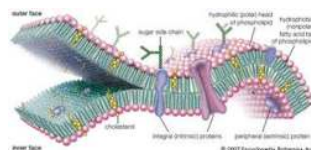
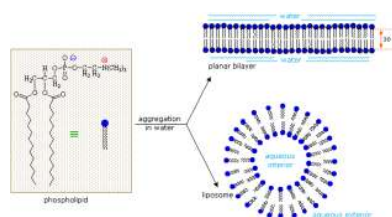


nem lineáris

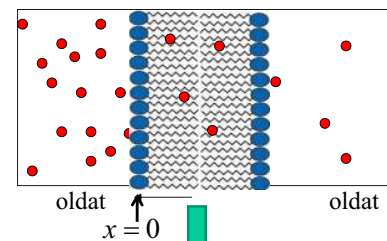
Membránok

membrán

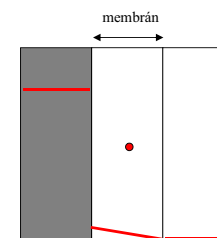
szintetikus

biológiai

Megoszlás a membrán és az oldat között



Eltérő oldhatóság K_m

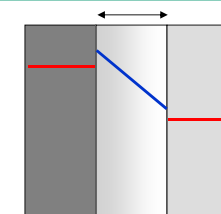


$$K_m \ll 1$$

$$K_m = \frac{C_{dh}}{C_d} \text{ Megoszlási hányados}$$

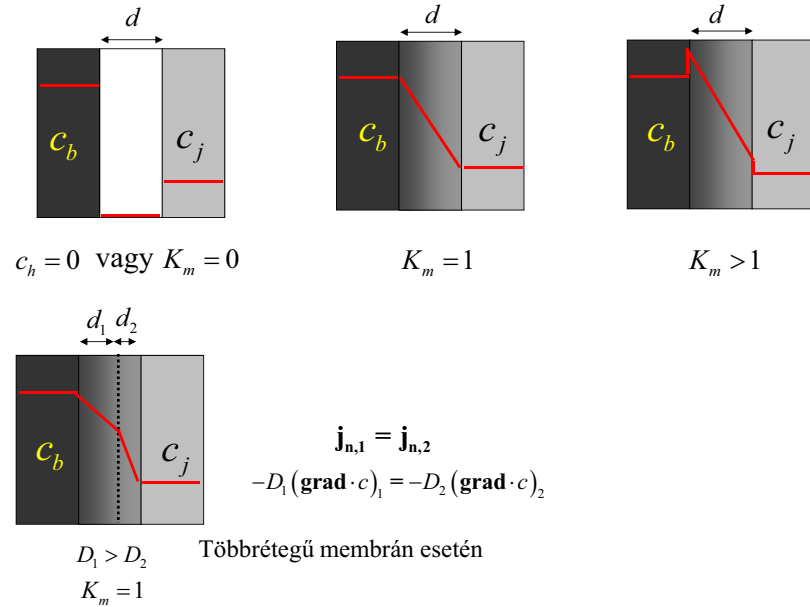
$$c_m(x=0) = K_m \cdot c_o(x=0).$$

$$c(x) = -K_m \frac{c_b - c_j}{d} x + K_m \cdot c_b$$

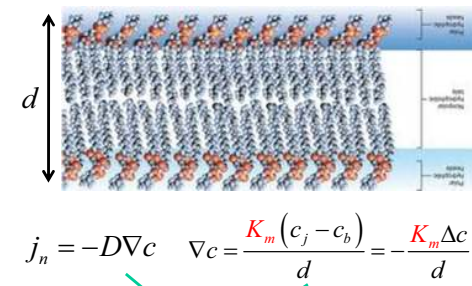


$$K_{\dots} > 1$$

Koncentráció eloszlás stacionárius diffúziónál

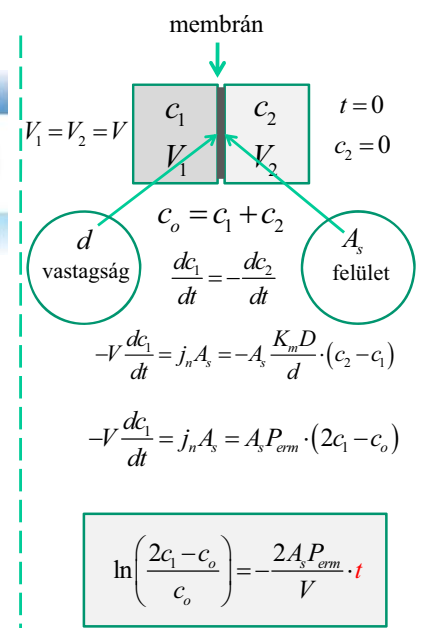


Membrán permeabilitás: P_{erm}

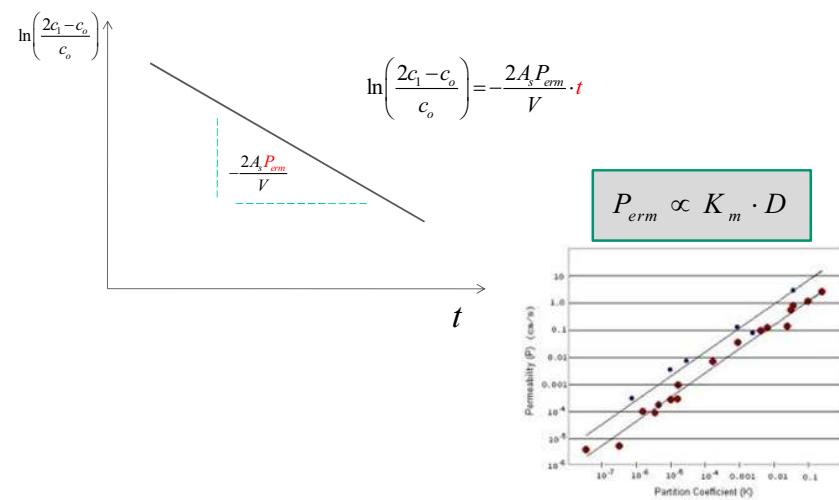


$$P_{erm} = \frac{j_n}{\Delta c} = \frac{K_m D}{d}$$

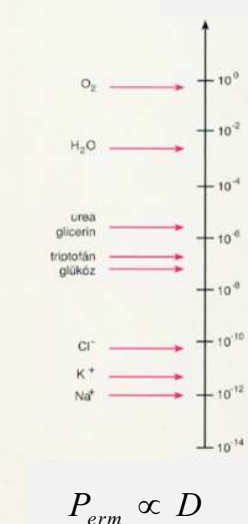
K_m : megoszlási hányados



A permeabilitás kísérleti meghatározása



Permeabilitás / cm² · s⁻¹



Méret és diffúziós együttható vízbe 25 °C-on.

anyag	M	R/nm	$10^9 D / m^2 s^{-1}$
víz	18	0,15	2,0
oxigén	32	0,2	2,1
karbamid	60	0,4	1,38
glükóz	180	0,5	0,7
hemoglobin	68000	3,1	0,069
kollagén	345000	31	0,007
vírus		50	$5,0 \text{ cm}^2 s^{-1}$
baktérium		1000	$0,5 \text{ cm}^2 s^{-1}$
sejt		10000	$0,05 \text{ cm}^2 s^{-1}$

$$D = \frac{k_B T}{6\pi\eta R}$$

$$D\eta = \frac{k_B T}{6\pi} \cdot \frac{1}{R}$$

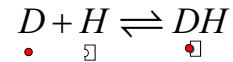
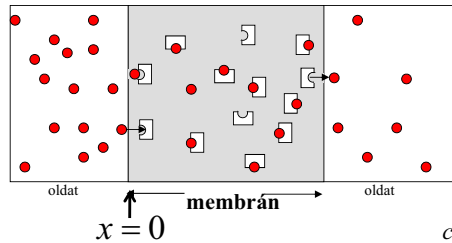
Stokes–Einstein összefüggés

$P_{erm} = 10^{-3} \mu m s^{-1}$ glükóz permeabilitása mesterséges membránon

Közvetített diffúzió

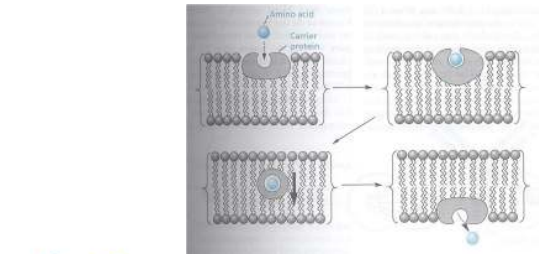
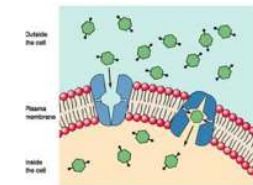
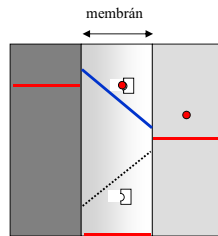
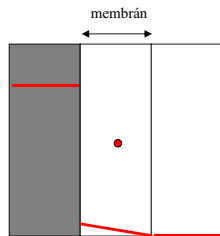
(Facilitated diffusion)

- diffundáló molekula c_d
- komplexképző c_h
- ◻ molekulakomplex c_{dh}

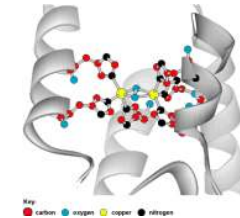


$$K_k = \frac{[DH]}{[D][H]}$$

$$c_{dh}(x=0) = K_k \cdot c_d(x=0) \cdot c_h(x=0)$$

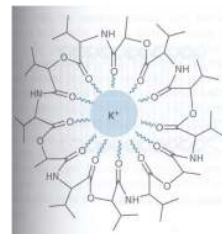


3-ketoacyl-(acyl-carrier-protein)

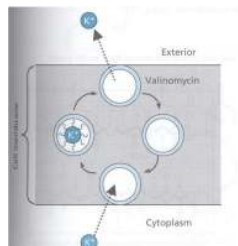


aktív helye az oxyhemocyanin oxigént szállító proteinnek

Ion transzport molekuláris csatornán át

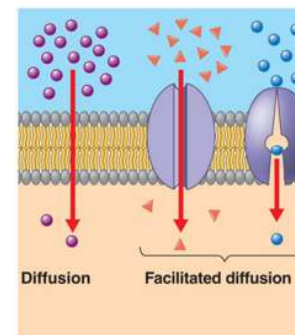


valinomycin



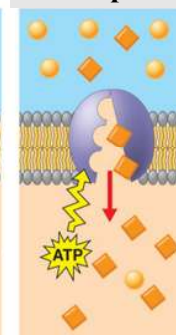
Aktív és passzív transzport

Passzív transzport



A diffúziós áram a **csökkenő** koncentráció irányába folyik.

Aktív transzport

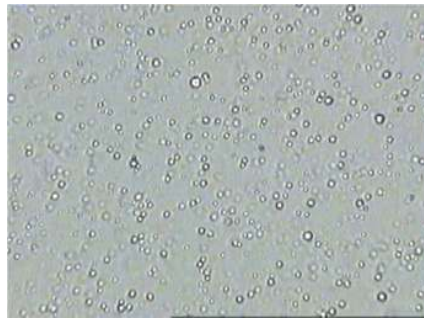
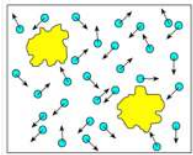


Anyagtranszport a koncentráció gradiens irányában!
A diffúziós áram a **növekvő** koncentráció irányába folyik.
(nátrium – kálium pumpa)

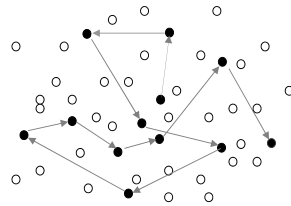
A diffúzió molekuláris elmélete: **Brown mozgás**



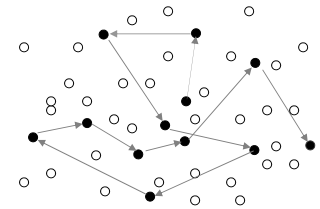
Robert Brown
(1773-1858)



Zsír cseppek tejben (méret: 0.5 - 3 μm)



A diffúzió molekuláris elmélete

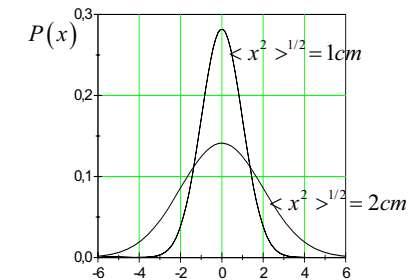


$$\begin{array}{ll} \text{egyirányú} & \langle x^2 \rangle = 2Dt \\ \text{laterális} & \langle \sigma^2 \rangle = 4Dt \\ \text{radiális} & \langle r^2 \rangle = 6Dt \end{array}$$

Brown mozgás, bolyongás

$$D = \frac{k_B T}{\xi} = \frac{k_B T}{6\pi\eta R}$$

Stokes-Einstein összefüggés



Ionok diffúziója

Ionok individuális diffúziós együtthatója nem határozható meg!

$$j_i = -D_i \cdot \left(\frac{\Delta c_i}{\Delta x} + c_i \frac{z_i F}{RT} \frac{\Delta \psi}{\Delta x} \right) \quad \text{Nernst-Planck egyenlet}$$

$$c_- = c_+ \quad \frac{\Delta c_-}{\Delta x} = \frac{\Delta c_+}{\Delta x} \quad j_+ = j_- \quad \text{elektroneutralitás}$$

$$j_+ = -\frac{2D_+D_-}{D_+ + D_-} \cdot \frac{\Delta c_+}{\Delta x} = -D_{\pm} \cdot \frac{\Delta c_+}{\Delta x}$$

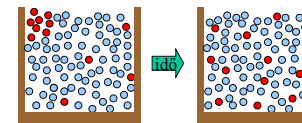
$$D_{\pm} = \frac{D_+D_- (c_+z_+^2 + c_-z_-^2)}{D_+c_+z_+^2 + D_-c_-z_-^2}$$

$$D_{\pm} = \frac{2}{\frac{1}{D_+} + \frac{1}{D_-}}$$

(1:1)
elektrolit

A közepes diffúziós együttható értéke az ionok töltésszámán kívül az ionkoncentrációtól is függ !

Konvektív és diffúzív anyagtransport sebessége



$$L^2 \propto D \cdot t_d \quad \Rightarrow \quad t_d = \frac{L^2}{D}$$

$$L \propto v \cdot t_k \quad \Rightarrow \quad t_k = \frac{L}{v}$$

$$Pe = \frac{t_d}{t_k} = \left(\frac{L^2}{D} \right) / \left(\frac{L}{v} \right) = \frac{vL}{D}$$

$Pe \ll 1$ Diffúzió a gyorsabb

$Pe \gg 1$ Konvekció a gyorsabb

Az anyagtransport intenzitása függ a mérettől!

Konvekció vagy diffúzió ?

Konvektív anyagtranszport esetén adott L távolság megtételéhez szükséges idő: $t_{konv} = L / v$

Konduktív anyagtranszport esetén adott L távolság megtételéhez szükséges idő: $t_{diff} = L^2 / D$

Péclet szám: $Pe = \frac{t_{diff}}{t_{konv}} = \frac{L \cdot v}{D}$

$Pe \ll 1$ **A diffúzió gyorsabb, mint a konvekció !**

$Pe \gg 1$ **A konvekció gyorsabb, mint a diffúzió !**

Glükóz diffúziója és áramlása sejtben.

$$L = 10^{-6} \text{ m} \quad D = 7 \cdot 10^{-8} \text{ m}^2 \text{ s}^{-1} \quad v = 10^{-2} \text{ m s}^{-1} \quad Pe = \frac{10^{-8}}{7 \cdot 10^{-8}} = 0,13$$

A diffúzió a gyorsabb anyagtranszport!

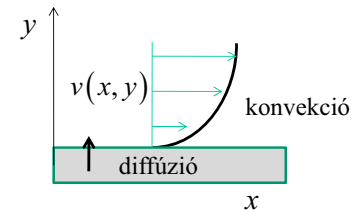
Konszekutív transzportfolyamatok



A leglassúbb folyamat a sebesség meghatározó

diffúzió - konvekció **Péclet szám:** $\frac{\text{diffúziós idő}}{\text{áramlási idő}} \quad Pe = \frac{L \cdot v}{D}$

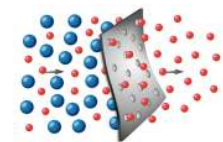
m. átadás - diffúzió **Biot szám:** $\frac{\text{m. átadás}}{\text{i. diffúziós idő}} \quad Bi = \frac{k_m \cdot L}{D_{eff}}$



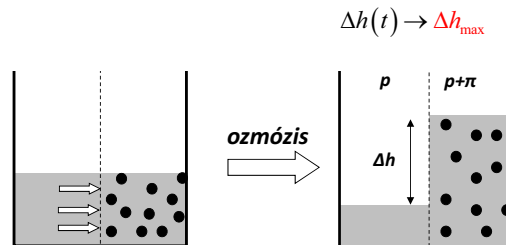
$$\nabla c = \frac{dc}{dy} = f[v(x, y)]$$

A komponens áram függ az áramlási sebességtől !

Konvektív és konduktív anyagtranszport: ozmózis



Féligáteresztő membrán



ozmózis

Termodinamikai egyensúlyban

$$\Delta \mu_1(x_2) = -\pi V_1 \xrightarrow{\text{Hig oldat}} \pi_{id}(x_2) = \frac{RT}{V_1} x_2 \xrightarrow{} \pi_{id} = \frac{RT}{M_2} c_2$$

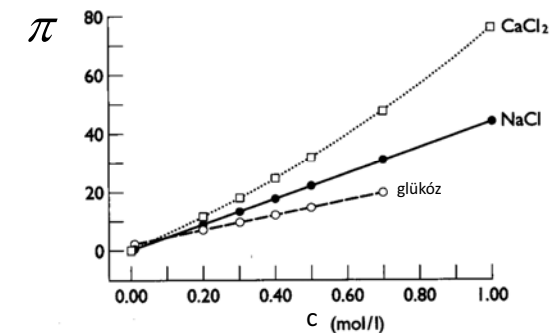
$$\Delta \mu_1 = RT \ln x_1 = RT \ln(1 - x_2) \approx -RT x_2 - \frac{RT}{2} x_2^2$$

Ozmózis=**kolligatív tulajdonság**

$$n = n_0 \alpha v + n_0 (1 - \alpha) = n_0 [1 + \alpha(v - 1)]$$

$$\pi = \frac{RT}{M_2} c_2 \cdot i$$

$$i = [1 + \alpha(v - 1)]$$



Izotóniás oldatok: ha két különböző oldat ozmózisnyomása egyező

Sejtek belsejével,
illetve a vérrel izotóniás
oldatok

3,8 %-os Na-citrát oldat,
5,5 %-os glükóz oldat,
0,87 %-os NaCl oldat.

Ha a koncentráció kisebb, mint az izotóniás oldaté, akkor:

víz → sejt **hipotóniás oldat**

Ha a koncentráció nagyobb, mint az izotóniás oldaté, akkor:

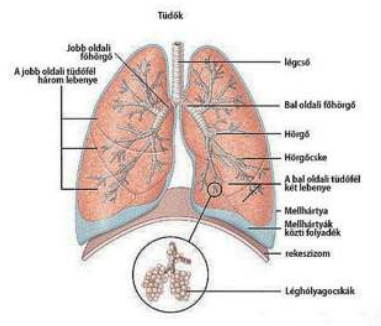
környezet ← sejtvíz **hipertóniás oldat**

Oxigén transzportja a vér és a szövetek között

Többlépcsős transzportfolyamat

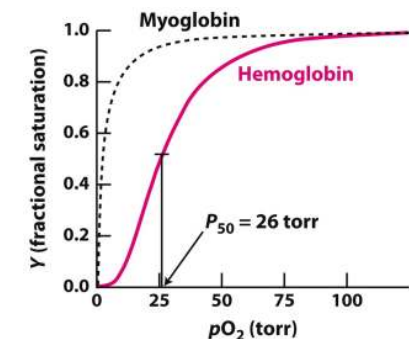
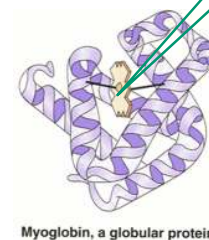
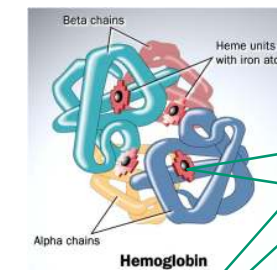
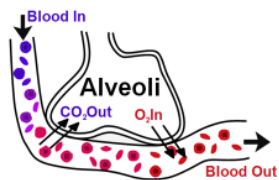
- léggzéssel **konvektív** transzport a tüdőbe,
- **konduktív** transzport a kapillárisokon át a vörösvértestekhez,
- oxigén **megkötődik** a vörösvértest hemoglobinján,
- **konvektív** mozgás a vérkeringésben,
- a szöveteknél **konduktív** transzport a mitokondriumokhoz,

↓
ATP



oxigén a tüdőbe

oxigén a léghólyagocskákból a vérbe



Konduktív hővezetés: Fourier törvények

$$j_Q = -k_T \frac{\Delta T}{\Delta x} \quad \frac{\Delta T}{\Delta t} = \alpha T(x) \text{ függvény görbülete } \alpha = \frac{k_T}{\rho \cdot C_p} \quad \frac{\partial T}{\partial t} = \alpha \nabla^2 T$$

anyag	T/K	$k_T / Wm^{-1}K^{-1}$	α / m^2s^{-1}	$c_p / kJkg^{-1}K^{-1}$
levegő	300	0,025	$2,11 \cdot 10^{-5}$	1,006
víz	300	0,609	$1,5 \cdot 10^{-7}$	4,186
zsír	298	0,21	$0,69 \cdot 10^{-7}$	3,258
vér	298	0,642	$1,76 \cdot 10^{-7}$	3,889
bőr	310	0,442	$1,19 \cdot 10^{-7}$	3,471

$$\frac{\Delta Q_{\text{hővezetés}}}{\Delta t} = -k_T \cdot A_s \cdot \frac{\Delta T}{\Delta x}$$

A BELSŐ ENERGIA (HŐ) TRANSZPORTJA

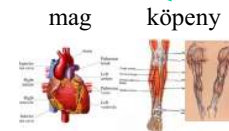
Hol keletkezik a nyugalmi metabolikus hő?

agyvelő	25%
szív	15%
vázizom	25%
hasi zsigerek	25%
vese	6%
bőr	4%

Hol veszik el a metabolikus hő?

$$Q_{\text{vesztesség}} = Q_{\text{sugárzó}} + Q_{\text{konvektív}} + Q_{\text{konduktív}} + Q_{\text{párolgási}} + Q_{\text{légzés}}$$

A szervezetben belül a hőmérséklet eloszlás nem homogén.



54-60 %

25 %

7 %

14 %

Testhőmérséklet szabályozás

metabolizmus ↔ hővesztesség

T=28 °C ♥ fibrilláció
T=30 °C Hőmérséklet szabályozás felborul -
T=33 °C Tudat vesztés
T=37 °C

T=41 °C Központi idegrendszer -
T=42 °C Fehérjék denaturálódnak

↑
testhőmérséklet

egységnyi felület

Hőszugárzás



Wien törvény: $R = \varepsilon \sigma T^4$ ε : emisszió

Stefan-Boltzmann konst.: $\sigma = 5,67 \cdot 10^{-8} W / m^2 K^4$

$$-\frac{\Delta Q_{\text{sugárzó}}}{\Delta t} = R \cdot A_s = \varepsilon \sigma T^4 \cdot A_s \quad A_s = 1,85 m^2 \text{ átlagos felület}$$

$\varepsilon \cong 1$ emberi bőr

$$\frac{\Delta Q_{\text{sugárzó}}}{\Delta t} = \frac{\Delta Q}{\Delta t} \Big|_{\text{nyereség}} - \frac{\Delta Q}{\Delta t} \Big|_{\text{vesztesség}}$$

$$R = \varepsilon \sigma (T_{\text{test}}^4 - T_{\text{környezet}}^4)$$

$$\varepsilon_1 = \varepsilon_2 = \varepsilon$$

anyag	emisszió
emberi bőr	0,95 – 0,99
fa	0,99
beton	0,95
tégla	0,92



Konvektív hővezetés (1)

$$-\frac{1}{A_s} \frac{\Delta Q_{konvektív}}{\Delta t} = h_c \cdot (T_{bőr} - T_{levegő})$$

h_c : egységnyi felületre vonatkozó konvektív hővezetési tényező
 $W / m^2 C^o$

Szél sebessége [m/s]	$h_c [W / m^2 C^o]$
0,1	2,6
0,6	6,4
2,0	11,7
4,0	16,6

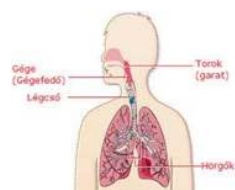
Szélben: $h_c = 10,45 - v + 10v^{1/2}$ v : áramló levegő sebesség: m/sec
 (közelítés)



Testen belüli hővezetés (2)

(Test és vér közötti hővezetés)

$$-\frac{1}{A_s} \frac{\Delta Q_{véráram}}{\Delta t} = h_c \cdot (T_{vér} - T_{testrés})$$



Hővesztesség párolgással (1) légzés

Ki- és belégzés térfogata nyugalomban: 500 ml

Ki- és belégzés frekvenciája nyugalomban: 12 – 14 / perc

$$I_{levegő} = \frac{\Delta V_l}{\Delta t} \approx 0,1 \text{ l} \cdot s^{-1}$$

$$-\frac{\Delta Q}{\Delta t} = \rho_l c_{p,l} (T_{ki} - T_{be}) \frac{\Delta V_l}{\Delta t}$$



V_{izz}

Hővesztesség párolgással (2) izzadás

Víz párolgáshője: $\Delta h_{párolgás} = 2,25 \text{ kJ / g}$

$$-\frac{\Delta Q}{\Delta t} = \Delta h_{párolgás} \cdot (\rho_{lev}^{ki} - \rho_{lev}^{be}) \frac{\Delta V_{izz}}{\Delta t}$$