

# Elektronische Transportprozesse

$$\rho \frac{D\vec{u}}{Dt} = \operatorname{div} \vec{T} + \underbrace{\rho_c \left( \vec{E} + \vec{v} \times \vec{B} \right)}_{\text{Lorentzkraft}} + \rho \vec{h}$$

Coulombkr.

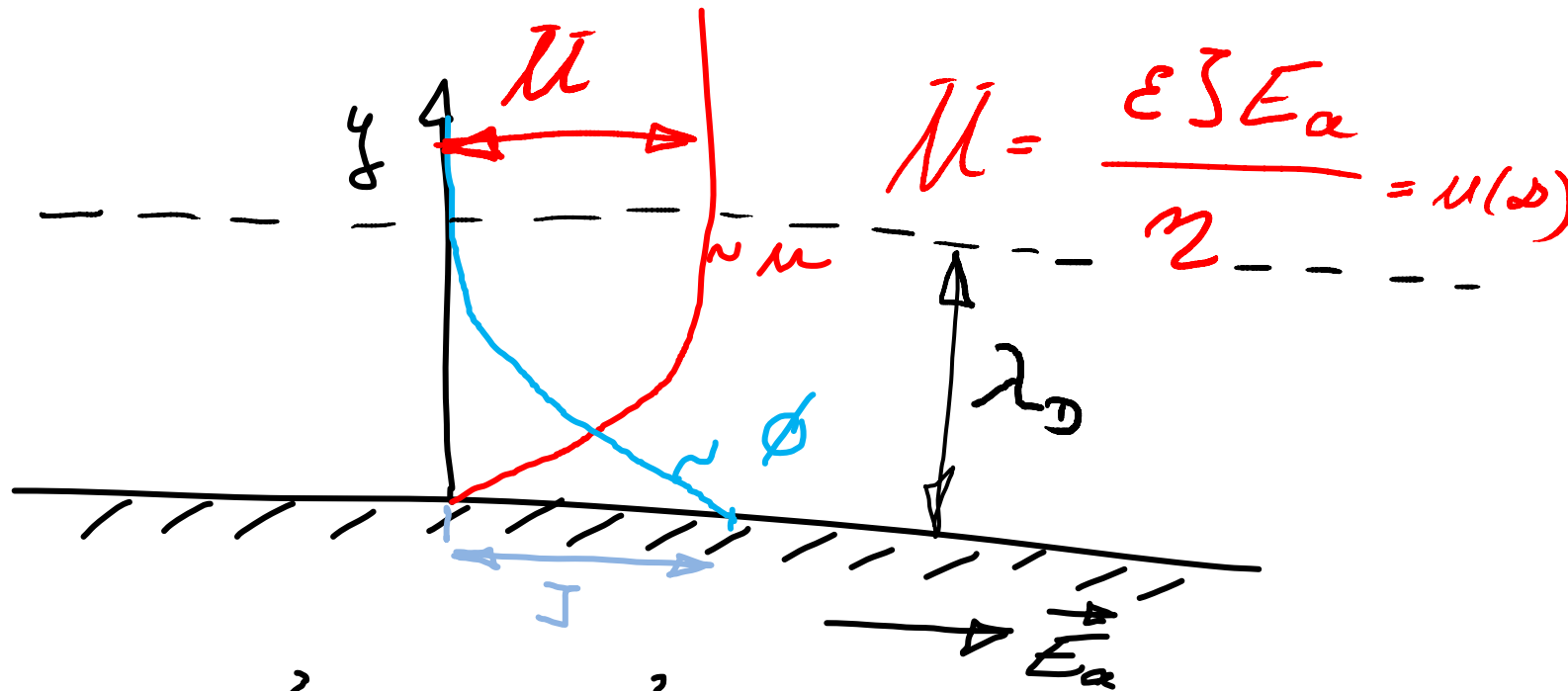
Für das elektrische Potential  $\vec{E} = -\nabla\phi$  gilt für stationäre Felder und Materialkonstante Permeabilität  $\epsilon = \epsilon_0$  die Poisson-Gleichung:

$$\Delta \phi = - \frac{\rho_c}{\epsilon}$$

für die halbempirische Formel:



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17



$$\eta \frac{d^2 u}{dy^2} = \epsilon \frac{d^2 \phi}{dy^2} E_\alpha$$

$$u(0) = 0$$

$$\phi(0) = J$$

Zeta Potential der  
elektrische Doppelschicht.

$$\frac{du}{dy}(\infty) = 0$$

$$\frac{d\phi}{dy}(\infty) = 0$$



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

$$\mu = \frac{\varepsilon J E a}{\zeta}$$

Helmholtz-S. - Geschwindigkeit.

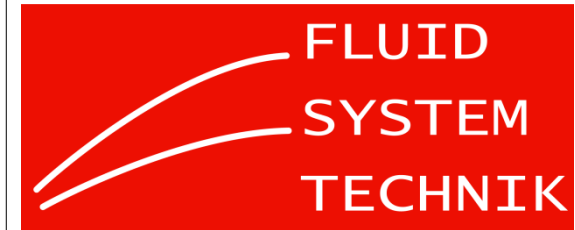
$\eta \Rightarrow \lambda_D$

$\lambda_D$  Debye Länge

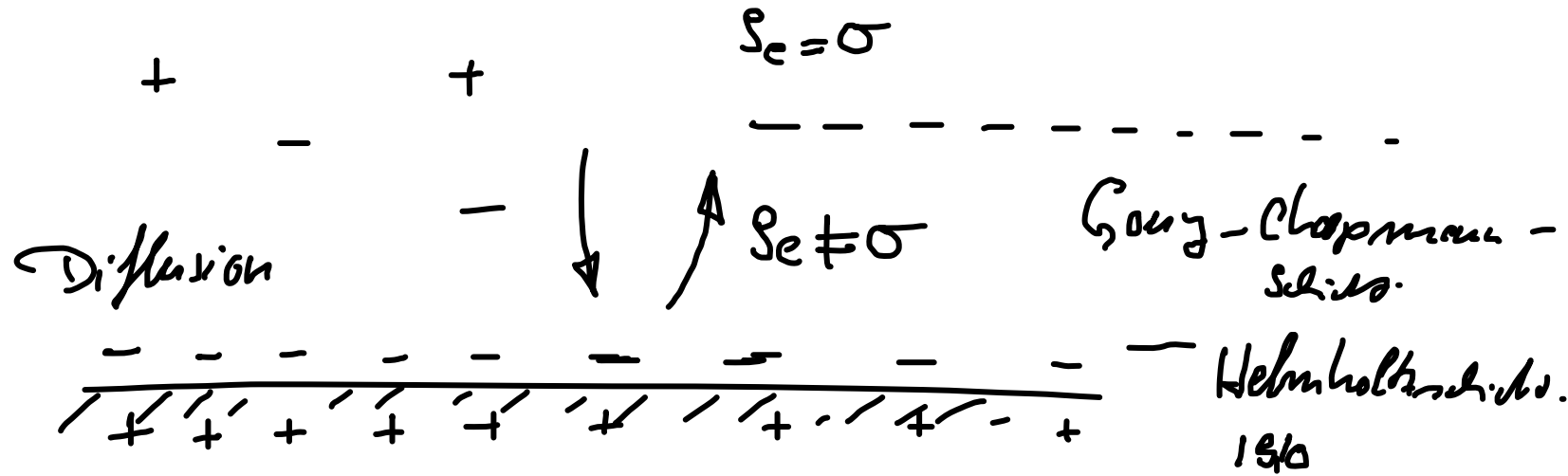
Peter Debye \* 1884 Maschico.  
+ 1966 N.Y.



TECHNISCHE  
UNIVERSITÄT  
DARMSTADT



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

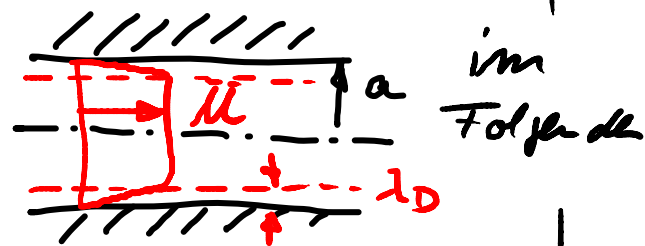


Grenzfall mit der Grenzschichtlänge  $a$

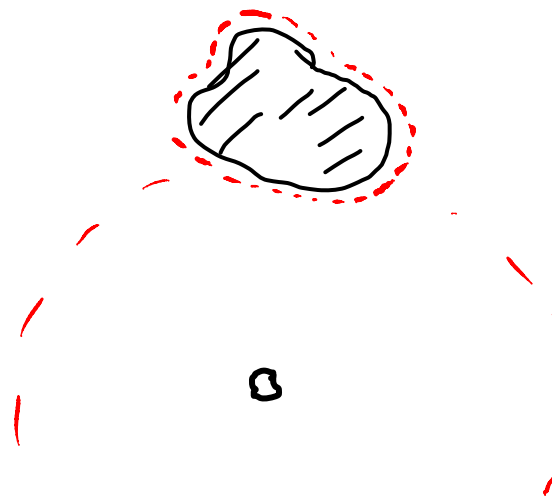
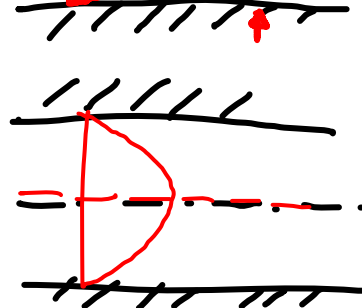
Elektrosmox

Elektrophores.

$\lambda_D \ll a$



$\lambda_D \gg a$

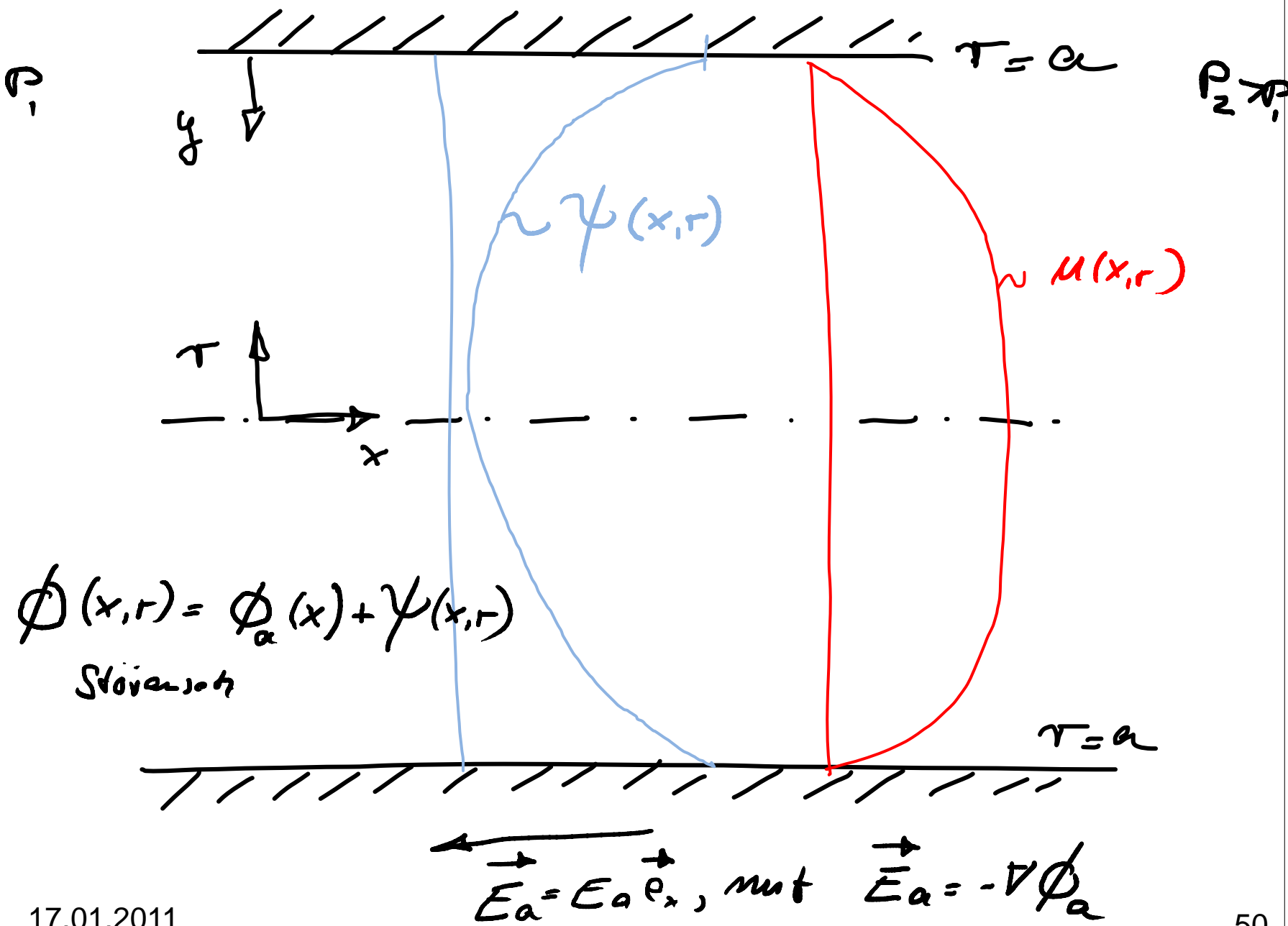


Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

# Störpotential $\psi$ (elektr. Potent.)



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17





$$\underbrace{\eta \frac{1}{r} \frac{d}{dr} \left( r \frac{du}{dr} \right)}_{\text{Viskose Sp.}} = \underbrace{\frac{dp}{dx}}_{\text{Änd. d. Dr.}} - \underbrace{\epsilon \Delta \phi}_{\text{Freud. Ladung}} \underbrace{\frac{\partial \phi}{\partial x}}_{\text{Annahme.}}$$

Viskose Sp.      Änd. d. Dr.      Freud. Ladung

Störansatz

$$\phi(x, r) = \phi_a(x) + \psi(r, x)$$

Annahme.

$$\frac{d\phi_a}{dx} \rightarrow \frac{\partial \psi}{\partial x}$$

$\phi_a$  ist das von außen aufgenötigte Potential

$\psi$  ist das durch die Verteilung der Ladungen im Elektrolyten erzeugte Feld. Potential.

$$\frac{1}{r} \frac{\partial}{\partial r} \left( r \frac{\partial \psi}{\partial r} \right) \Rightarrow \frac{\partial^2 \psi}{\partial x^2}$$



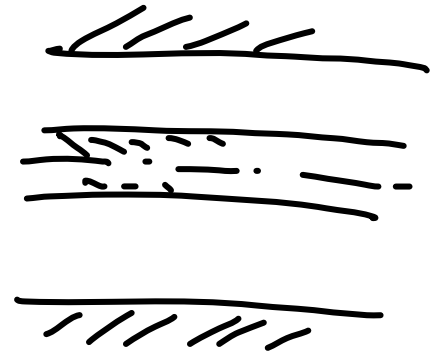
Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

Randbedingung

$$\psi(a, x) = \psi(y=0, x) = J(x).$$



$$u(a, x) = u(y=0, x) = 0.$$

Mit der Annahme wird die Bewegungsgleichung

$$\sum \frac{1}{r} \frac{d}{dr} \left( r \frac{dM}{dr} \right) \approx \frac{dP}{dx} + \underbrace{\epsilon \frac{1}{r} \frac{\partial}{\partial r} \left( r \frac{\partial \psi}{\partial r} \right)}_{\approx \Delta \phi} E_a \quad \underbrace{\hspace{2cm}}_{\approx \frac{\partial \phi}{\partial x}}$$

$$\sum r \frac{dM}{dr} = \frac{1}{2} r^2 \frac{dP}{dx} + \epsilon r \frac{\partial \psi}{\partial r} E_a + F(x).$$

„Integrationskonstante“ ist eine Funktion von  $x$ ,  
da partiell integrierte.

Aus Symmetriegründen an  $r=0$  muß  $f(x) \equiv 0$  sein.

$$\eta u = \frac{1}{4} r^2 \frac{dp}{dx} + \varepsilon \psi E_a + \tilde{f}(x)$$

$$u(r) = \frac{r^2}{4\eta} \frac{dp}{dx} + \frac{\varepsilon \psi}{\eta} E_a + \tilde{f}(x)$$

mit der Randbedingung

$$\left. \begin{array}{l} u(a) = 0 \\ \psi(a, x) = \psi(x) \end{array} \right\} \tilde{f} = -\frac{a^2}{4\eta} \frac{dp}{dx} - \frac{\varepsilon \psi}{\eta} E_a.$$



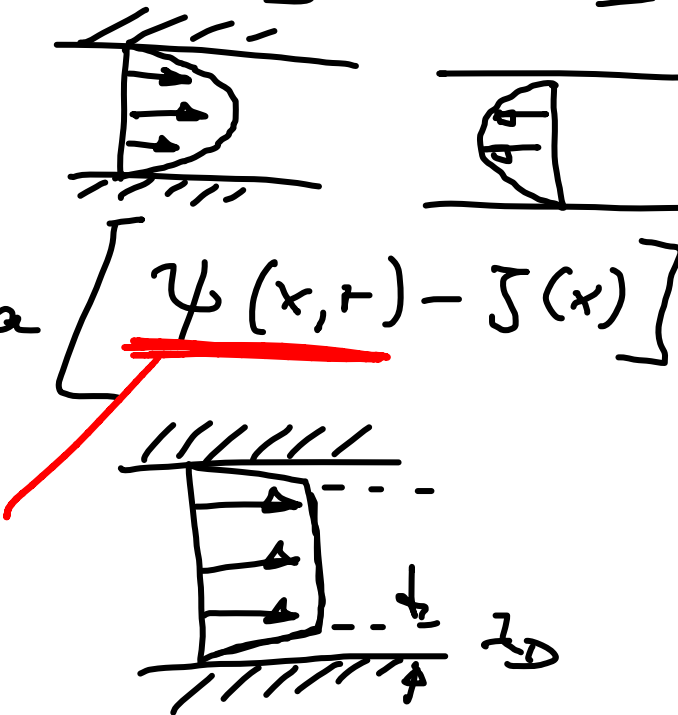
Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17





Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

$$u(\tau, x) = - \frac{a^2}{4\eta} \frac{dp}{dx} \left[ 1 - \left( \frac{r}{a} \right)^2 \right] + \text{Poiseuille-Adh.}$$

$$+ \frac{\epsilon}{2} E_a \left[ \psi(x, \tau) - \int(x) \right]. \quad \text{Osmotische Adh.}$$


Aufgabe: Bestimmung des Störpotentials  $\psi(x, \tau)$ .



Das Störpotential muß die Poisson-Gleichung erfüllen.

$$\Delta \psi = - \frac{p_e}{\varepsilon}$$

$$\frac{1}{r} \frac{\partial}{\partial r} \left( r \frac{\partial \psi}{\partial r} \right) + \underbrace{\frac{\partial^2 \psi}{\partial x^2}}_{\approx 0 \text{ Näher.}} = - \frac{p_e}{\varepsilon}$$



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

# Einschub Elektrolyse

AKZ

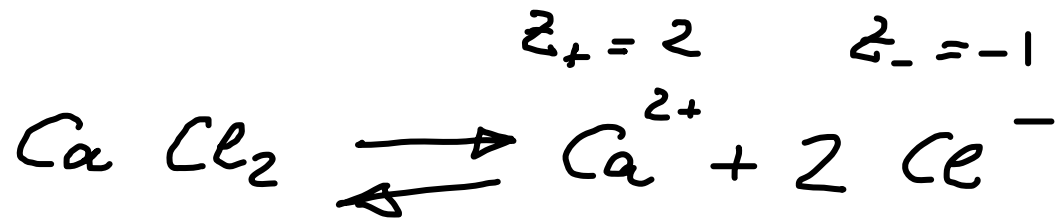
Ladungsdichte

=: Ladungen

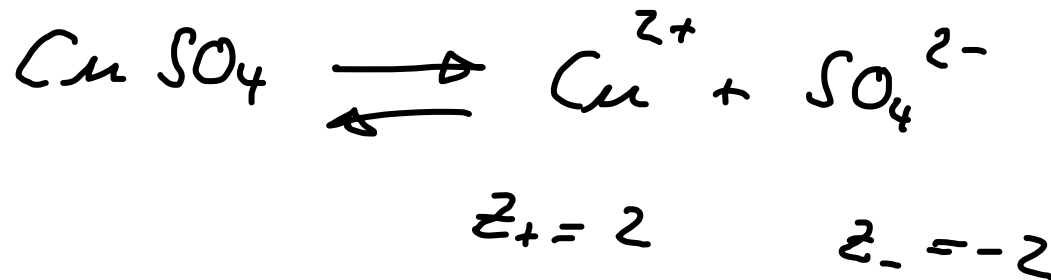
Volumen  $\cdot$  %

$$S_e = F (z_+ c_+ + z_- c_-)$$

z.B. unsymmetrisches Salz



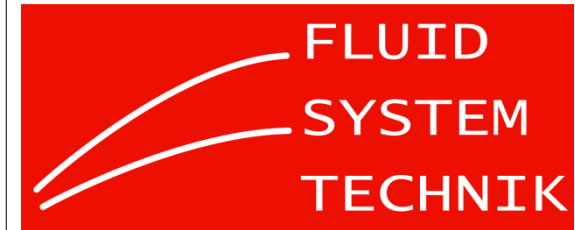
Symmetrisches Salz



$$z := z_+ = -z_- = 2$$



TECHNISCHE  
UNIVERSITÄT  
DARMSTADT



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

Faradaysche Konstante

$$F = N_A e = 9.65 \cdot 10^4 \frac{C}{mol}$$

Avojadro Zahl

$$N_A = 6.022 \cdot 10^{23} mol^{-1}$$

Elementarladung

$$e = 1.602 \cdot 10^{-19} C$$

Valenzzahl von  $Cu^{2+}$

$$z_+ = 2$$

$SO_4^{2-}$

$$z_- = -2$$

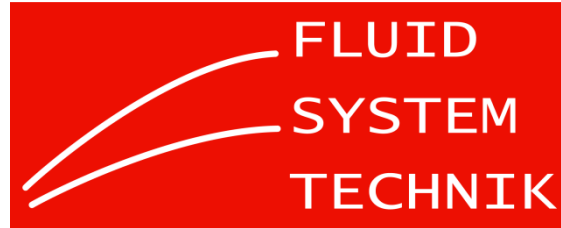
Konzentration

$$[c_-] = \frac{\text{Teilchen}}{\text{Volum.}}$$

$$\{c\} = \frac{mol}{m^3}$$



TECHNISCHE  
UNIVERSITÄT  
DARMSTADT



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

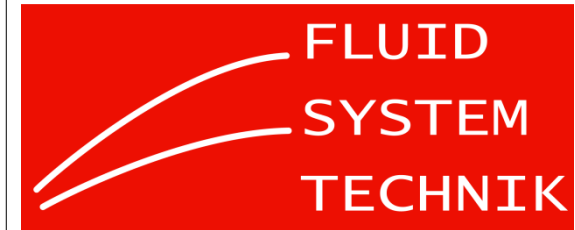
Dimensionenwert

$$[S_e] = \frac{\text{Gody}}{\text{Volumenwert}}$$

$$\{S_e\} = \frac{\text{Concentr}}{\text{m}^3}$$

Ohne Beschränkung der Allgemeinheit wird zur Vereinfachung der Darstellung angenommen, daß der Satz symmetrisch ist.

$$S_e = Fz (c_+ - c_-)$$

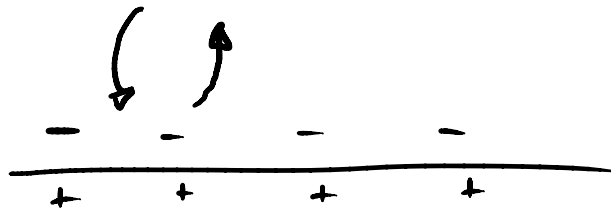


Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

Einsatz in  $\Delta\psi = -\frac{\rho e}{\varepsilon}$

$\hookrightarrow \Delta\psi = -\frac{Fz}{\varepsilon} \left( c_+(\tau) - c_-(\tau) \right)$

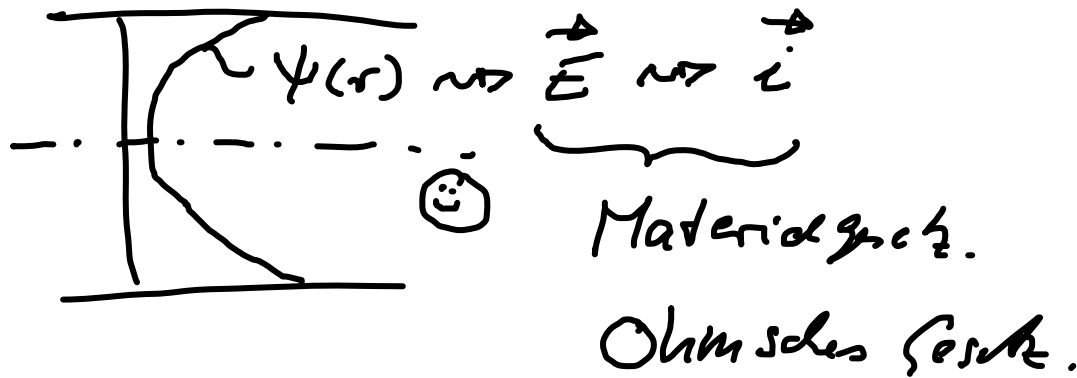
$\hookrightarrow$  Aufgabe: Bestimmung des Konzentrationsverh.



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

Wesentliche Annahme zur Elektrolyse Zelle:

$$\left. \begin{aligned} \vec{i}_+ \cdot \vec{e}_r &= 0 \\ \vec{i}_- \cdot \vec{e}_r &= 0 \end{aligned} \right\} \begin{array}{l} \text{Im zeitlichen Mittel} \\ \text{kein Stromfluss im} \\ \text{radialen Rikt.} \end{array}$$



$$\vec{i} = \frac{1}{\rho} \nabla \psi(\vec{E}) \quad \text{Ohmsches Gesetz}$$

Festkörper
Elektrolyt



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

# Zum Ohmschen Gesetz für ein Elektrolyt.

$$\vec{i}_+ = F z C_+ \vec{u}_+$$

$\frac{\text{Zahl}}{\text{mol}}$ 
 $\frac{\text{mol}}{\text{Vol.}}$

Molare Stromdichtevektor der k-ten Komponente.

$$\vec{j}_k^* = \vec{u}_k C_k$$

$$C \vec{u} = C_1 \vec{u}_1 + C_2 \vec{u}_2 + \dots$$

$$C = C_1 + C_2 + \dots$$

(Impulsatz)

Massenströmvektor.

$$\vec{j}_k = \vec{u}_k \rho_k$$

$$\rho \vec{u} = \rho_1 \vec{u}_1 + \rho_2 \vec{u}_2 + \dots$$

$$\rho = \rho_1 + \rho_2 + \rho_3 \dots \quad 61$$







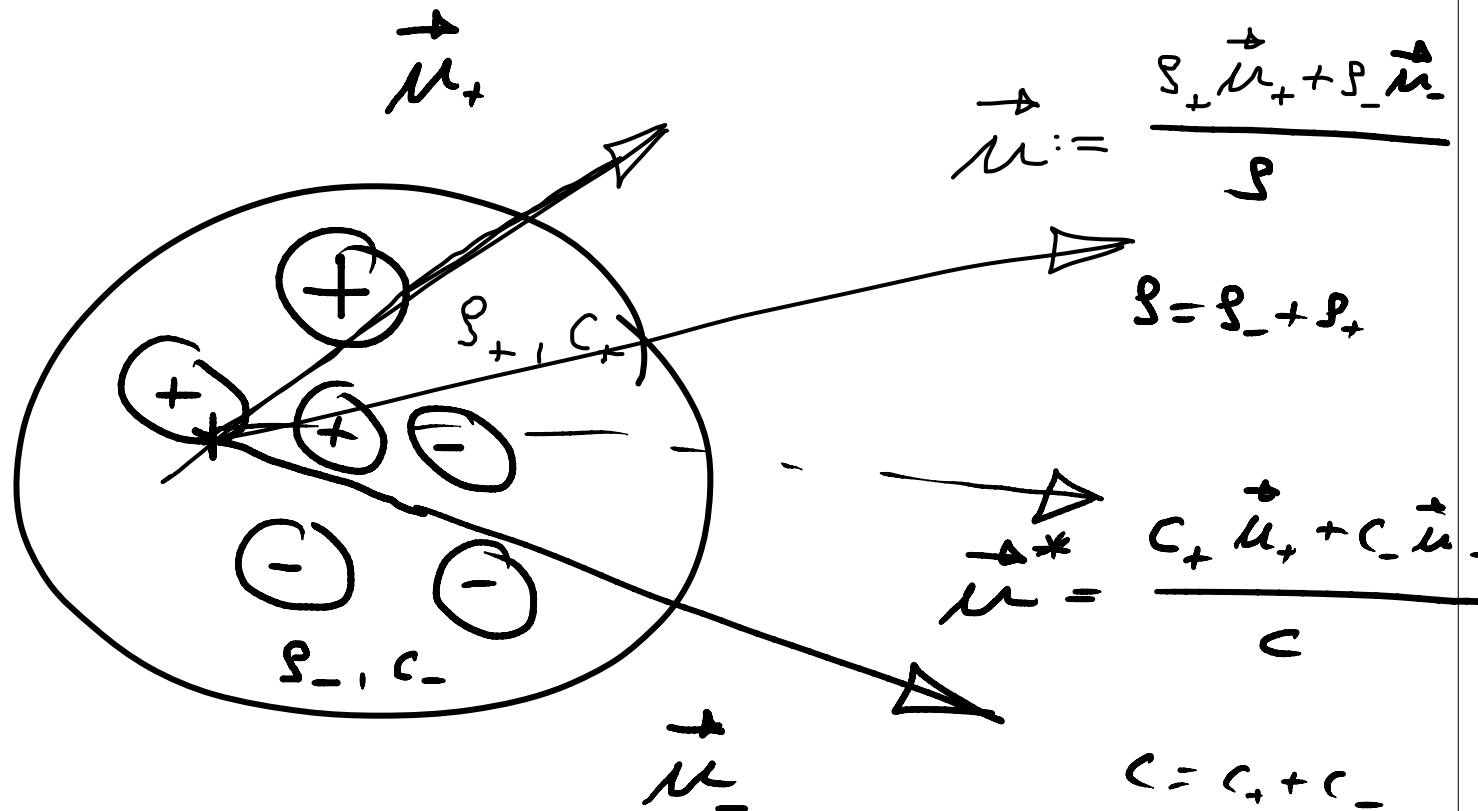
Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17

$\vec{u}^*$   
 $n$  molare  
Geschwindigkeit.

$\vec{u}$  massenmittlere  
Geschwindigkeit

physikalische  
Re.

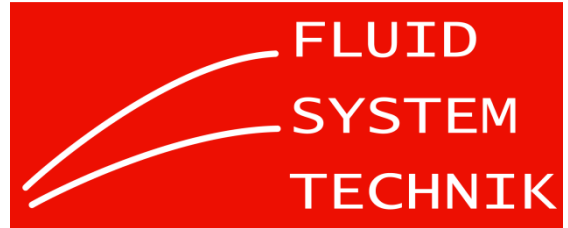
Wichtig für Impulserhaltung.



Bird, Steward, Lifted. | Fluid transport



TECHNISCHE  
UNIVERSITÄT  
DARMSTADT



Prof. Dr. Ing. Peter Pelz  
Wintersemester 2010/11  
Biofluidmechanik  
Vorlesung 17