

# اصول درمان با وفتیلاتور

## در بخش مراقبتهای ویژه کودکان

---

گروه مولفین:

دکتر میثم شریفزاده

دکتر مسعود محمدپور

دکتر بهداد قریب

دکتر بهاره یغمایی

دکتر سیده مریم قدسی

دکتر سید عباس حسنی

دکتر زینب نجفی



عنوان و نام پدیدآور	: اصول درمان با ونتیلاتور در بخش مراقبت‌های ویژه کودکان
مشخصات نشر	: مولفین میثم شریف‌زاده... [و دیگران]. تهران: تایماز، ۱۴۰۰.
مشخصات ظاهری	: ۱۹۷ص.: مصور.
شابک	: 978-600-403-483-8
وضعیت فهرست نویسی	: فیبا
یادداشت	: مولفین میثم شریف‌زاده ، مسعود محمدپور ، بهداد قریب ، بهاره یغمایی ، سیده مریم قدسی ، سید عباس حسنی ، زینب نجفی.
یادداشت	: کتابنامه: ص. ۱۹۶ - ۱۹۷.
موضوع	: تنفس مصنوعی -- دستگاه‌ها
موضوع	: Respirators (Medical equipment)
موضوع	: تنفس درمانی برای کودکان
موضوع	: Respiratory therapy for children
شناسه افزوده	: شریف‌زاده، میثم، ۱۳۳۹-
رده بندی کنگره	: RC۸۷/۹
رده بندی دیویی	: ۶۱۵/۸۳۶۲
شماره کتابشناسی ملی	: ۸۴۳۹۱۰۶
اطلاعات رکورد کتابشناسی	: فیبا

## انتشارات تایماز

### اصول درمان با ونتیلاتور

## در بخش مراقبت های ویژه کودکان

#### تایماز

ناشر :

دکتر میثم شریف زاده - دکتر مسعود محمدپور - دکتر بهداد قریب

مولفین:

دکتر بهاره یغمایی - دکتر سیده مریم قدسی - دکتر سیدعباس حسنی

دکتر زینب نجفی

مجید باشعور

مدیر اجرایی :

دوم - ۱۴۰۱

نوبت چاپ :

تایماز

چاپ و صحافی :

۳۰۰

شمارگان :

۱۵۰۰۰۰ تومان

قیمت :

۹۷۸-۶۰۰-۴۰۳-۴۸۳-۸

شابک :

حق چاپ و کليه حقوق مادی و معنوی این اثر محفوظ و متعلق به انتشارات تایماز می باشد.



خرید اینترنتی از طریق سایت [kitabchi.ir](http://kitabchi.ir) امکانپذیر می باشد.

آدرس: تهران - خیابان انقلاب - خیابان فخررازی - خیابان وحید نظری غربی - پلاک ۸۵ - طبقه ۳

taymazpub@yahoo.com

موبایل: ۰۹۱۲۷۲۴۴۵۳۵ واتس آپ

تلفن: ۰۲۱-۶۶۴۰۲۷۴۴

taymazpub@gmail.com ایمیل:

تلهگرام: ۰۹۱۴۴۰۹۹۷۵۸

۰۴۱-۳۳۳۶۶۹۷۴

## فهرست مطالب

مقدمه مولف..... ۶

**بخش اول: مفاهیم اولیه در ونتیلاتور تراپی..... ۱۷**

ونتیلیسیون مکانیکال ..... ۱۸

ونتیلیسیون تنهاجمی ..... ۱۸

ونتیلیسیون غیر تنهاجمی ..... ۱۸

ونتیلیسیون با فشار مثبت (PPV) ..... ۱۸

ونتیلیسیون با فشار منفی (NPV) ..... ۱۸

مفاهیم پایه..... ۲۰

تعاریف اولیه در مفاهیم پایه ..... ۲۱

مختصری در مورد نمودارهای ونتیلاتور (Ventilator Graphics) ..... ۲۵

اسکالر فشار در مدهای فشاری ..... ۲۸

اسکالر فلو در مدهای فشاری ..... ۳۸

اسکالر حجم در مدهای فشاری ..... ۴۲

اسکالرهای فشار، Flow و حجم در مدهای حجمی ..... ۴۲

فشار پلاتو در کنترل حجمی (Plateau Pressure در VC) ..... ۴۴

Loop ها ..... ۴۶

Pressuere–Volume Loop ..... ۴۶

Flow – Volume Loop ..... ۵۱

تغییرات اسکالرها و لوپ ها در پاتولوژی‌های مختلف ..... ۵۲

مختصری در مورد آسینکرونی ..... ۷۲

کنترل کننده های ونتیلیسیون مکانیکال ..... ۷۴

مفهوم Conditional Variable ..... ۷۶

Phase Variable ها ..... ۸۲

**بخش دوم: نحوه تنظیمات ونتیلاتور ..... ۸۷**

مقایسه دو نوع ونتیلاتور از نظر خصوصیات ظاهری ..... ۸۸

۹۳	بخش سوم: ترمینولوژی در ونتیلاتور
۹۴	FiO <sub>2</sub>
۹۴	PEEP
۹۵	Inspiratory Pressure
۹۶	Tidal Volume
۱۰۱	زمان دم (IT)، زمان بازدم (ET)، نسبت I/E و Breath Cycle Time
۱۰۳	Inspiratory Rise Time
۱۰۵	Inspiratory Cycle off (Bennett در E Sense%)
۱۰۹	Triggering
۱۱۱	Pressure Support (PS Above PEEP)
۱۱۲	Volume Support
۱۱۲	Tube Compensation (TC)
۱۱۳	Back up و Auto Mode
۱۱۳	<b><math>\dot{V}_{max}</math></b>
۱۱۴	T <sub>plateau</sub> یا T <sub>PL</sub> یا T <sub>pause</sub>
۱۱۷	بخش چهارم: مدهای ونتیلیاسیون
۱۱۸	مفاهیم پایه در Moding
۱۲۱	CMV
۱۲۲	مفهوم Time Interval
۱۲۳	IMV و SIMV
۱۲۴	CSV
۱۲۶	(Continious Mandatory Vent) CMV
۱۲۷	(Assist Control Vent) ACV
۱۲۸	(Intermiltent Mandatory Vent) IMV
۱۲۹	(Synchronized Intermiltent Mandatory Venti) SIMV
۱۳۲	(Pressure Support Ventilation) PSV
۱۳۴	(Volume Support Ventilation) VSV
۱۳۵	(Mandatory Minute Volume Ventilation) MMV

۱۳۵	.....Closed Loop Methods
۱۳۶	..... Automode
۱۳۶	..... Automatic Tube Compensation (ATC)
۱۳۸	..... Volume-Assured pressure support/ Pressure Augmentation (VAPS/PA)
۱۳۸	..... Hybrid Techniques or Dual Controlleddd Ventilation
۱۳۹	..... (Pressure- Regulated Volume Control) PRVC
۱۴۰	..... Volume-Assured pressure support/ Pressure Augmentation (VAPS/PA)

۱۴۳	.....بخش پنجم : مدهای جایگزین یا آلترناتیو
۱۴۴	..... (APC) Adaptive Pressure Control
۱۴۷	..... Adaptive Support Ventilation (ASV)
۱۵۰	.....Proportional Assist Ventilation (PAV)
۱۵۲	..... Airway Pressure Release Ventilation (APRV) و فشار راه‌های هوایی بای‌فازیک مثبت ....
۱۵۶	..... High Frequency Oscillatory Ventilation (HFOV)

۱۶۱	.....بخش ششم: استراتژی‌های ونتیلاتور تریابی در وضعیت‌های خاص
۱۶۳	..... (Obstructive) -آسم
۱۶۶	..... (Restrictive Lung Disease) بیماری‌های تحدیدی
۱۷۴	..... (Bronchiolitis) برونشیولیت

۱۷۷	.....بخش هفتم : آلارم‌های ونتیلاتور
۱۷۸	..... آلارم‌ها

۱۸۳	.....بخش هشتم: فرآیند جداسازی از ونتیلاتور
۱۸۴	..... Weaning

۱۹۱	.....بخش نهم: پنومونی ناشی از ونتیلاتور
۱۹۲	..... VAP
۱۹۶	..... منابع

## فهرست اشکال

- شکل ۱- ثابت های زمانی در سه حالت نرمال، کاهش کمپلینانس و افزایش رزیستانس ..... ۲۵
- شکل ۲- شکل های اصلی Wave form ها در اسکالرها ..... ۲۶
- شکل ۳- انواع اسکالرها در مدهای حجمی ..... ۲۶
- شکل ۴- انواع اسکالرها در مدهای فشاری ..... ۲۷
- شکل ۵- اسکالر فشار در تنفس خودبخودی ..... ۲۹
- شکل ۶- اسکالر فشار در تنفس Mandatory ..... ۲۹
- شکل ۷- P plateau براساس فلوی دمی ..... ۳۱
- شکل ۸- P peak و P plateau ..... ۳۱
- شکل ۹- P plateau ..... ۳۲
- شکل ۱۰- اسکالر فشار در حضور مقاومت راه هوایی ..... ۳۳
- شکل ۱۱- اسکالر فشار با افزایش مقاومت راه هوایی ..... ۳۵
- شکل ۱۲- اسکالر فشار با افزایش الاستانس ..... ۳۵
- شکل ۱۳- تاثیر افزایش مقاومت راه هوایی و الاستانس ..... ۳۶
- شکل ۱۴- مقایسه سه الگوی غیرطبیعی در اسکالر فشار ..... ۳۶
- شکل ۱۵- چهار الگوی اسکالر فلو ..... ۳۹
- شکل ۱۶- اسکالر فلو در یک تنفس Mandatory در مد فشاری ..... ۳۹
- شکل ۱۷- اسکالر فلو ..... ۴۱
- شکل ۱۸- اسکالر حجم در مدهای فشاری ..... ۴۲
- شکل ۱۹- اسکالر فلو در مدهای حجمی ..... ۴۳
- شکل ۲۰- اسکالر فشار در مدهای حجمی ..... ۴۳
- شکل ۲۱- P peak و P plateau ..... ۴۵
- شکل ۲۲- P plateau ..... ۴۵
- شکل ۲۳- لوپ فشار- حجم ..... ۴۶
- شکل ۲۴- لوپ فشار- حجم پس از اضافه شدن PEEP ..... ۴۶
- شکل ۲۵- مقایسه لوپ فشار- حجم در دو ریه سالم و بیمار ..... ۴۷
- شکل ۲۶- نمایش سه منطقه (zone) در ریه بیمار ..... ۴۸
- شکل ۲۷- منحنی ایده آل برای ونتیلیسیون در ARDS ..... ۴۹
- شکل ۲۸- لوپ فشار- حجم ..... ۵۰
- شکل ۲۹- لوپ فشار- حجم در زمان استفاده از مانور recruitment ..... ۵۰
- شکل ۳۰- لوپ فلو- حجم ..... ۵۱
- شکل ۳۱- لوپ فلو- حجم در کنترل حجمی ..... ۵۲

- شکل ۳۲- لوپ فلو- حجم در کنترل فشاری ..... ۵۲
- شکل ۳۳- اسکالر فشار- زمان ..... ۵۳
- شکل ۳۴- اسکالر تلاش تنفسی بیمار در شروع دم ..... ۵۳
- شکل ۳۵- اسکالر نگه داشتن بازدم ..... ۵۴
- شکل ۳۶- نمایش سه الگوی انسدادی، تحدیدی، انسدادی+ تحدیدی ..... ۵۴
- شکل ۳۷- Defection های منفی و مثبت به علت تنفس های خودبخودی در فاز پلاتو ..... ۵۵
- شکل ۳۸- اسکالر فلو- زمان ..... ۵۶
- شکل ۳۹- منحنی به دام افتادگی هوا ..... ۵۶
- شکل ۴۰- Bronchodilator response (پاسخ به برونکودیلاتور) ..... ۵۷
- شکل ۴۱- response to bronchodilator (پاسخ به برونکودیلاتور) ..... ۵۷
- شکل ۴۲- اثر IT بیش از حد طولانی روی اسکالر فلو ..... ۵۸
- شکل ۴۳- اثر IT ناکافی روی اسکالر فلو- زمان ..... ۵۸
- شکل ۴۴- تاثیر افزایش مقاومت بازدمی بر بازوی بازدمی اسکالر فلو- زمان ..... ۵۹
- شکل ۴۵- تاثیر به دام افتادگی هوا بر بازوی بازدمی اسکالر فلو- زمان ..... ۵۹
- شکل ۴۶- به دام افتادگی هوا در اسکالر فلو- زمان در V/C ..... ۶۰
- شکل ۴۷- اسکالر حجم- زمان ..... ۶۰
- شکل ۴۸- به دام افتادگی هوا یا نشستی در اسکالر حجم- زمان ..... ۶۱
- شکل ۴۹- نشستی هوا در اسکالر حجم- زمان ..... ۶۱
- شکل ۵۰- الگوی انواع تنفس در لوپ فشار- حجم ..... ۶۲
- شکل ۵۱- تاثیر افزایش مقاومت دمی و بازدمی در لوپ فشار- حجم ..... ۶۳
- شکل ۵۲- کاهش کمپلیانس در لوپ فشار- حجم ..... ۶۳
- شکل ۵۳- lung compliance changes and the P-V loop (تغییرات کمپلیانس ریه و لوپ P-V) .... ۶۴
- شکل ۵۴- Lung compliance change and P-V loop (تغییرات کمپلیانس ریه و لوپ P-V) ..... ۶۴
- شکل ۵۵- تاثیر leak بر لوپ P-V ..... ۶۵
- شکل ۵۶- Air Leak (نشستی هوا) ..... ۶۵
- شکل ۵۷- فلوی دمی ناکافی (Inadequated inspiratory flow)؛ ..... ۶۶
- دم فعال (Active Inspiration)، فلوی نامناسب (Inappropriate Flow) ..... ۶۶
- شکل ۵۸- Increased Raw (افزایش مقاومت راه هوایی) ..... ۶۶
- شکل ۵۹- Inadequate sensitivity (حساسیت ناکافی) ..... ۶۷
- شکل ۶۰- Atelectasis (اتلکتازیس) ..... ۶۷
- شکل ۶۱- Overdistension (پر هوایی) ..... ۶۸
- شکل ۶۲- Flow-Volume loop (لوپ نرمال فلو- حجم) ..... ۶۹
- شکل ۶۳- Air Leak (نشست هوا در لوپ فلو- حجم) ..... ۶۹

- شکل ۶۴ - Air trapping (به دام افتادگی هوا در لوپ فلو- حجم) ..... ۷۰
- شکل ۶۵ - Airway obstruction (تاثیر انسداد دمی) ..... ۷۰
- شکل ۶۶ - Airway obstruction (تاثیر انسداد بازدمی) ..... ۷۱
- شکل ۶۷ - Increased airway resistance (افزایش مقاومت بازدمی راه هوایی) ..... ۷۱
- شکل ۶۸ - Airway secretions/water in circuit (تاثیر ترشحات راه هوایی/ هوا در لوله‌ها) ..... ۷۲
- شکل ۶۹ - airway obstruction (تاثیر ترشحات و ساکشن) ..... ۷۲
- شکل ۷۰ - flow starvation asynchrony- (غیر همزمانی ناشی از کمبود جریان) ..... ۷۴
- شکل ۷۱- آسینکرونی در لوپ P-V و F-V ..... ۷۴
- شکل ۷۲- خلاصه عملکرد Variable های مختلف در ونتیلاتور ..... ۷۷
- شکل ۷۳- اسکالر فشار- زمان و حجم- زمان وقتی فشار یک control variable است ..... ۷۹
- شکل ۷۴- اسکالر فشار-زمان و حجم- زمان وقتی فلو یک control variable است ..... ۷۹
- شکل ۷۵ ..... ۸۶
- شکل ۷۶- صفحه ونتیلاتور Servo I ..... ۸۸
- شکل ۷۷- صفحه ونتیلاتور Bennett ..... ۹۰
- شکل ۷۸- اسکالر فشار- زمان در یک Pressure control mode ..... ۹۵
- شکل ۷۹- نمایش IT در سه اسکالر فشار- زمان، فلو- زمان و حجم- زمان ..... ۱۰۱
- شکل ۸۰- نمایش Inspiratory rise time در اسکالر فشار- زمان و فلو- زمان ..... ۱۰۳
- شکل ۸۱- Rise time در ونتیلاتور Bennett ..... ۱۰۴
- شکل ۸۲- Rise time در ونتیلاتور Servo I ..... ۱۰۴
- شکل ۸۳- Inspiratory cycle off در اسکالر فلو- زمان ..... ۱۰۵
- شکل ۸۴- Inspiratory cycle off در اسکالر فلو- زمان و فشار- زمان ..... ۱۰۶
- شکل ۸۵- درصد cycle off بالا در اسکالر فشار- زمان و فلو- زمان ..... ۱۰۸
- شکل ۸۶- درصد cycle off پایین در اسکالر فشار- زمان و فلو- زمان ..... ۱۰۸
- شکل ۸۷- Assist control ventilation (کمک به تهویه هوا) ..... ۱۲۱
- شکل ۸۸- IMV در اسکالر فشار- زمان ..... ۱۲۴
- شکل ۸۹- نمایش سه الگوی اصلی تنفس در اسکالر فشار- زمان ..... ۱۲۵
- شکل ۹۰ ..... ۱۲۶
- شکل ۹۱- مد CMV در اسکالر فشار- زمان و فلو- زمان ..... ۱۲۷
- شکل ۹۲- مد ACV در اسکالر فشار- زمان و فلو- زمان ..... ۱۲۸
- شکل ۹۳- مد SIMV ..... ۱۲۹
- شکل ۹۴- دو تنفس SIMV، اولی توسط بیمار و دومی توسط ماشین trigger شده است. اگر بیمار در assist window trigger نکند، ونتیلاتور در زمان شروع پنجره بعدی خودش یک تنفس را می‌دهد ..... ۱۳۰
- شکل ۹۵ ..... ۱۳۱



- شکل ۹۶- مد APC ..... ۱۴۶
- شکل ۹۷- مد ASV ..... ۱۴۸
- شکل ۹۸- مد APV ..... ۱۵۰
- شکل ۹۹- مد APRV و مد Biphasic ..... ۱۵۴
- شکل ۱۰۰- Weaning در APRV ..... ۱۵۶
- شکل ۱۰۱- HFOV ..... ۱۵۷
- شکل ۱۰۲- اختصارات به کار رفته در مدهای جایگزین ..... ۱۵۹
- شکل ۱۰۳- ویژگی‌های اختلالات انسدادی ریه ..... ۱۶۲
- شکل ۱۰۴- تعریف ALI و ARDS ..... ۱۶۷
- شکل ۱۰۵- علل ARDS ..... ۱۶۷
- شکل ۱۰۶- خلاصه ای از اصلی‌ترین تغییرات پاتولوژیک و ویژگی‌های بالینی ..... ۱۶۸
- شکل ۱۰۷- مسمومیت اکسیژن به دلیل Fio<sub>2</sub> بالا/ پرهوایی آلوئولر منجر به باروتروما و ولوتروما می‌شود/ باز و بسته شدن مکرر آلوئول‌ها باعث shear stress و التهاب بیشتر می‌شود(اتلکتوتروما) ..... ۱۶۹
- شکل ۱۰۸- A: شکل، نشان دهنده recruitment maneuver پلکانی میباشد. B: مثالی از مانور رکروتمان پلکانی در بیمار دچار ARDS ناشی از عفونت H<sub>1</sub>N<sub>1</sub>. وقتی که PEEP تا 25 cmH<sub>2</sub>O بالا می‌رود و بهبودی در SPO<sub>2</sub> ایجاد می‌گردد اما P plat به اندازه غیرقابل قبولی افزایش می‌یابد. PEEP و TV کاهش داده می‌شوند تا زمانی که P plat و driving press به حد قابل قبول برسند. PEEP هر 2-5 min افزایش داده می‌شود ..... ۱۷۰
- شکل ۱۰۹- رابطه فشار-حجم در بیمار دچار acute lung injury. بالا: lower inflection point به صورت typical برابر ۱۲-۱۸ سانتیمتر آب و upper inflection point برابر ۲۶-۳۲ سانتیمتر آب است. پایین: استراتژی حمایتی ونتیلاسیون نیازمند این است که PEEP دقیقاً بالای L.I.P و زیر U.I.P واقع گردد. در انصورت ونتیلاسیون ریه‌ها در محدوده safe zone و بین منطقه رکروتمان در کروتومان و منطقه over distention صورت می‌گیرد و هم از آسیب ناشی از حجم بالا و هم از آسیب ناشی از حجم پایین جلوگیری بعمل می‌آید ..... ۱۷۲
- شکل ۱۱۰- برای حصول total severity score، بیشترین نمره‌ها از هر ستون باهم جمع می‌شوند. ۱-۳: خفیف/ ۴-۷: متوسط/ ۸-۱۴: شدید ..... ۱۷۵
- شکل ۱۱۱- تنظیم ونتیلاتور با توجه به ماهیت بیماری ..... ۱۷۶
- شکل ۱۱۲- PIP, Pplat و delta pressure در اسکالر فشار- زمان ..... ۱۷۹
- بنابراین ابتدا با دقت در منحنی فشار - زمان مشخص می‌کنیم که افزایش فشار مربوط به کدام قسمت است و به ترتیب زیر ارزیابی می‌کنیم: ..... ۱۷۹
- شکل ۱۱۳ ..... ۱۸۰

## فهرست جداول

- جدول ۲- طیف سکناس تنفسی ..... ۱۲۵
- جدول ۳- چک لیست آلام های ونتیلاتور ..... ۱۸۱
- جدول ۴- چک لیست آلام های ونتیلاتور ..... ۱۸۱
- جدول ۵- چک لیست مدیریت بیمار تحت ونتیلاسیون ..... ۱۸۲

## مقدمه مولف

مدیریت بیماران در بخش مراقبت‌های ویژه، علاوه بر توان عملی و علمی پزشکان و پرستاران، نیازمند اطلاعات کافی در مورد اصول و شیوه‌های بکارگیری صحیح ابزار و تجهیزاتی است که می‌توانند در عین سودمندی ویژه برای بیماران، باعث خطرات احتمالی نیز برای آنها گردند. این امر در بخش مراقبت‌های ویژه کودکان اهمیتی ویژه دارد. چرا که خصوصیات فیزیولوژیک و دموگرافیک کودکان به گونه‌ای است که آنها را آسیب‌پذیرتر از بزرگسالان می‌کند.

جالینوس، پزشک مشهور یونانی که در قرن دوم میلادی زندگی می‌کرد نقش مهمی در معرفی ساختار ریه و بیماری‌های ریه داشت. اگرچه مطالعات او بیشتر روی حیوانات بود، اما او فرض را بر این نهاد که ساختار بدن انسان و حیوان مشابهت‌هایی دارند. او بر روی رابطه بین تنفس و گردش خون مطالعاتی کرد. پس از جالینوس تقریباً برای ۱۵۰۰ سال پیشرفتی در درک تهویه و مکانیک تنفسی حاصل نشد. این دوران را عصر تاریک (Dark age) نامیدند. اما Andreas Vesalius در اواسط قرن شانزدهم میلادی وارد این کارزار شد. وسالیوس که در سن ۲۳ سالگی در Padua استاد آناتومی بود بدلیل تشریح جسد انسان متحمل خشم کلیسا شد. یافته‌های وی در بسیاری از موارد با تعالیم جالینوس مغایرت داشت. وی در سال ۱۵۴۳ رساله‌ای درخشان در آناتومی با عنوان *De Humani Corporis Fabrica* منتشر کرد که در آن زمان برای اولین بار به تهویه با فشار مثبت به گونه‌ای که امروزه آن را می‌شناسیم اشاره کرد. او اینگونه نوشت:

*“But that life may be restored to the animal, an opening must be attempted in the trunk of the trachea, into which a tube of reed or cane should be put; you will then blow into this, so that the lung may rise again and take air “*

با اینکه کار او نمایشی چشمگیر از قدرت تهویه مکانیکی بود، اما برای یک قرن به فراموشی سپرده شد و در قرن بعدی هم به طور عملی وارد تجربیات پزشکی نشد.

در سال ۱۶۶۷، Robert Hook، فیلسوف علوم طبیعی، ستاره شناس و زیست شناس انگلیسی که بعدها به نام England's Leonardo خوانده شد آزمایش هوشمندانه‌ای برای اثبات نظریات جالینوس در باب لزوم حرکات ریه‌ها برای برقراری گردش خون انجام داد. او در این آزمایش از یک سگ استفاده کرد که برش‌هایی در دیواره قفسه سینه و پرده جنب او ایجاد کرده بود. سپس او از راه دهان سگ در راه هواییش دمید. این فلوی ثابت از طریق سوراخ‌های قفسه سینه خارج شد. او مشاهده کرد که با تداوم این جریان هوا ضربان قلب به صورت منظم تداوم می‌یابد و با قطع

کردن جریان هوا سگ به سمت مرگ پيش مي‌رود و با شروع مجدد جريان هوا سگ احيا مي‌شود. در قرن ۱۷ و ۱۸ ميلادي تلاش‌هاي متعددي براي احياء بيماران انجام مي‌شد، اما هنوز مكانيسم تاثير تنفس بر فعاليت قلبي- عروقي مشخص نشده بود. در سال ۱۷۷۴، Joseph Priestly و Wilhelm Scheel به صورت مستقل اكسيژن را كشف كردند. پس از آنها لاوازيه به اهميت اكسيژن در تنفس پي برد و توانست پاسخ قانع كننده‌اي به Hook در باب "استفاده اصيل از تنفس" بدهد. در اواخر قرن ۱۹ ميلادي استفاده از ونتيلاتورها با اختراع ونتيلاتور با فشار منفي رايج شد. در سال ۱۸۶۴، Alfred Jones يكي از اولين ونتيلاتورهاي فشار منفي را ابداع كرد. در اين ونتيلاتور، بيمار داخل جعبه‌اي كه از گردن به پايين، تمام بدن را محصور مي‌كرد مي‌نشست. سپس بوسيله يك پيستون مرتبا فشار منفي و مثبت در داخل جعبه ايجاد مي‌شد و تنفس را تسهيل مي‌كرد.

در سال ۱۸۷۶، Alfred Woillez اولين ريه آهني (Iron Lung) را ساخت و نام آن را Spirophore گذاشت. اين اختراع در امتداد رود Seine قرار داده شد تا قربانيان غرق‌شدگي را كمك كند. اسپيروفور يكي ميله فلزي داشت كه روي قفسه سينه قرار مي‌گرفت و حركت اين ميله فلزي اندكسي براي Tidal Volume بود. اولين باري كه Iron Lung به طور وسيع مورد استفاده قرار گرفت در سال ۱۹۲۹ بود كه توسط Drinker و Shaw در Boston استفاده شد و براي درمان بيماران فلج اطفال مورد کاربرد قرار گرفت. يكي از بزرگ‌ترين مشكلات Iron Lung اين بود كه دسترسي پرستاران به بدن بيمار كم ميشد. براي حل اين مشكل Peter Lord يكي اتاق تنفسي را اختراع كرد (Respirator room). بيمار در اين اتاق قرار مي‌گرفت و فقط سر وي بيرون بود. در داخل اتاق پيستون‌هاي عظيم، فشار ايجاد مي‌كردند و اين حركت باعث ورود هوا به داخل ريه‌ها و خروج آن از ريه‌ها ميشد. Ventilator room يكي در داشت كه توسط آن تيم پزشكي براي مراقبت از بيمار مي‌توانستند وارد اتاق شوند. از آنجايكه اين سيستم بسيار گران بود، James Wilson يكي Ventilator room طراحي كرد كه در آن همزمان چند بيمار مي‌توانستند مورد مراقبت قرار گيرند. يكي از اين اتاق‌ها در Boston Children Hospital قرار داشت كه در چند اپيدمي توانست به كودكان بيمار ارائه خدمت كند. در سال ۱۹۲۶ نوع ديگري از ونتيلاتور فشار منفي توسط Wilhelm Schwake ابداع شد كه در حقيقت يكي Pneumatic Chamber بود. اين اختراع با الگوي تنفسي بيمار تطبيق داده شد. Wilhelm اعتقاد داشت كه فشار منفي اعمال شده روي پوست بيمار توانايي دارد محصولات گزي توليد شده را بيرون بكشد.

ونتیلیاسیون با فشار مثبت از ۱۹۵۰ وارد میدان شد. حمله دوباره فلج اطفال در آن سال‌ها حوزه جدیدی را در تاریخ تهویه مکانیکی رقم زد. در سال ۱۹۵۱ کنفرانس بین‌المللی فلج اطفال در کپنهاگ برگزار شد. در تابستان سال بعد کپنهاگ اپیدمی وحشتناکی از پولیو را تجربه کرد که در اوج اپیدمی روزانه ۵۰ بیمار بستری می‌شدند که اکثر آنها دچار فلج بولبار یا فلج عضلات تنفسی بودند. مرگ و میر این بیماری در آن زمان به ۸۰٪ می‌رسید. پزشکان معتقد بودند که اکثر این بیماران در اثر نارسایی کلیه در نتیجه ویرمی سیستمیک فوت می‌شوند. چرا که اکثر بیماران دچار تعریق بیش از حد و افزایش فشار خون می‌شدند و همزمان گاز کربنیک خون آن‌ها بالا می‌رفت. Bjorn Ibsen، متخصص بیهوشی بیمارستان بوستون دریافت که علت این علائم نارسایی کلیوی نیست بلکه نارسایی تنفسی است. او برای اولین بار پیشنهاد تراکتوستومی و تهویه با فشار مثبت را ارائه داد. Lassen که chief physician بیمارستان بود در ابتدا پیشنهاد او را رد کرد اما به زودی Ibsen توانست او را متقاعد کند و اثربخشی روش خود را اثبات کند. مرگ و میر بصورت دراماتیک از ۸۷٪ به ۴۰٪ کاهش یافت، اما مشکل آنجا بود که مراقبت از این بیماران بسیار سخت می‌نمود، چرا که تیم پزشکی هیچ ونتیلاتور فشار مثبتی در اختیار نداشت و مجبور بودند که دائماً بیماران را با Bag و به صورت دستی ونتیله کنند. در اوج همه‌گیری همزمان ۷۰ بیمار بطور همزمان Hand bag می‌شدند. مجموعاً تا انتهای همه‌گیری ۱۵۰۰ دانشجوی این وظیفه را به مدت ۱۶۵۰۰۰ ساعت انجام دادند. یک چالش بزرگ مراقبت از تمام این بیماران در یک مکان واحد بود و این سبب شد اولین بخش‌های مراقبت ویژه (ICU) ایجاد گردد.

اگرچه Barach در مورد استفاده از فشار مثبت در درمان بیماری‌ها (از جمله نارسایی قلبی) تحقیقاتی را به ثمر رساند، اما استفاده از PEEP در زمان نارسایی تنفسی، درک مفهوم اتلکتازی در بیماران خوابیده به پشت و طراحی ونتیلاتورهایی که بتوانند PEEP مناسب اعمال کنند توسط Ashbaugh صورت گرفت.

در طول ۶۰ سال گذشته بسیاری از پیشرفت‌ها در ساخت ونتیلاتورها براساس درک مفاهیمی نظیر Flow delivery و استفاده از امکاناتی نظیر دریچه‌های بازدمی (Exhalation Valves) و میکروپروسورها و نیز بکارگیری مفاهیمی نظیر Triggering و نیز استفاده از مدهای جدید ونتیلیاسیون صورت گرفته است.

در دهه‌های ۱۹۸۰ و ۱۹۹۰ استفاده از Controlled ventilation جای خود را به Partial

ventilation support و سپس به Pressure support ventilation داد و تلاش‌ها بر بهبود تعامل بیمار- ونتیلاتور معطوف گشت. در حقیقت بسیاری از مدهای امروزی ونتیلاسیون بر این پایه ساخته شده‌اند که بیمار به صورت کامل ونتیلاتور را در اختیار گرفته و هدایت کند. مثال‌های شایع این روند استفاده از مدهایی نظیر PAV و NAVA می‌باشند. ذکر این نکته مهم است که پیشرفت‌های اخیر در Mechanical ventilation بیش از آنکه ناظر بر پیشرفت در تکنولوژی‌های ساخته شده باشد معطوف به درک عمیق‌تر از نظر پاتوفیزیولوژی ونتیلاسیون می‌باشد.

درک مفاهیمی نظیر باروتروما، ولوتروما، اتلکتوتروما، اکسی تروما و بیوتروما باعث شد که در علم جدید ونتیلاتور واژه‌ای تحت عنوان Lung protective ventilatory strategies جای خود را باز کند. هدف از بکارگیری این استراتژی‌ها به حداقل رساندن عوارض جانبی ونتیلاسیون بود. در این راستا به مفاهیمی نظیر اجتناب از لوله گذاری تراشه که باعث عوارض نظیر Sedation مفرط، عوارض لوله تراشه، عفونت‌های ناشی از کلونیزاسیون لوله و کاهش کلیرنس ترشحات می‌گردد، پرداخته شد. اما در عین حال بر اهمیت فوائد تهویه با فشار مثبت و حمایت از Gas Exchange و Work of breathing تاکید می‌گردد. چرا که با رعایت کردن این استراتژی‌ها درحالیکه نارسایی تنفسی تحت درمان قرار می‌گرفت اما آسیب‌های ناشی از اکسیژناسیون مفرط به حداقل می‌رسید. همچنین استفاده از Controlled hypoventilation در بیماران آسمی که انتوبه می‌شوند مدنظر قرار گرفت تا از احتباس هوا و ایجاد Auto PEEP جلوگیری کند. این مفاهیم در سال ۱۹۸۲ توسط Pepe & Marini توضیح داده شد.

استفاده از Permissive hypercapnia برای اولین بار توسط Hickling و همکارانش و در درمان بیماران ARDS تشریح شد. واقعه مهم و تاریخی در استراتژی Lung Protective انتشار یک کارآزمایی بالینی بزرگ توسط ARDSNet در سال ۲۰۰۰ بود که ثابت کرد با این روش مرگ و میر در ARDS از ۴۰٪ به ۳۱٪ کاهش می‌یابد. (مراجعه نمایید به مقاله Ventilation with lower tidal volumes as compared with traditional tidal volume for acute lung injury and the (ARDS/ NEJM/ volume 342/ number 18. May 4, 2000

این مطالعه بزرگ با کارآزمایی‌های بالینی بعدی دنبال شد که در آنها از PEEP بالاتر و موقعیت Prone و تجویز زودرس و کوتاه مدت بلوک کننده‌های نوروماسکولر برای کاهش خطر VILI استفاده می‌گردید.

رویکردهای فیزیولوژیک جدید در همراهی با دید نوین نسبت به وقایع بیولوژیک و بکارگیری توانمندی‌های مهندسی جدید مطمئناً باعث بهبود و پیشرفت الگوهای Mechanical Ventilation در قرن جاری و آتی خواهد شد. همه اینها منجر به این خواهد شد که متخصصین مراقبت‌های ویژه باید بنشینند و فکر کنند که کدام استراتژی در درمان با ونتیلاتور برای بیماران بیشترین سود و کمترین ضرر را خواهد داشت. در همین راستا ضروری است که مباحث مکانیک ریه ، اکسیژناسیون و ونتیلاسیون بهتر شناخته شود.

کتاب حاضر که حاصل تلاش تیم مراقبت‌های ویژه کودکان دانشگاه علوم پزشکی تهران است در همین راستا تدوین شده است. با شناخت بهتر مبانی اولیه گردش هوا در ریه‌ها و نقش ونتیلاتورها در تسهیل ونتیلاسیون بیماران مسلماً بیماری‌زایی حاصل از بکارگیری نامناسب ونتیلاتور کاهش خواهد یافت. در این کتاب سعی شده است که از اطلاع بیمورد کلام پرهیز شود، هرچند که نیک می‌دانیم در باب بکارگیری ونتیلاتور در کودکان سخن زیاده نیز کم است. منابع استفاده شده در این کتاب عموماً کتب معتبر مراقبت‌های ویژه کودکان و نیز کتب و مقالات معتبر در مورد ونتیلاسیون مکانیکال است.

مبرهن است که مانند هر نوشتار دیگری، این کتاب نیز کاستی‌هایی دارد که با ارشادات و راهنمایی‌های خوانندگان عزیز و اهالی صاحب نظر ان شاءالله اصلاح خواهد شد.

در انتهای این مقدمه لازم می‌دانم از دوست و همکار عزیزمان خانم متین قربان‌مقدم که در تدوین و ویرایش این کتاب زحمات فراوانی را متحمل شدند تقدیر و سپاسگزاری کنم.

و من الله توفیق

دکتر میثم شریف‌زاده

متخصص کودکان و فلوشیپ مراقبت‌های ویژه کودکان

پاییز ۱۳۹۹